INAUGURAL – DISSERTATION

Die Synthese von radiomarkierten Silizium-Rhodaminen als Fluoreszenzfarbstoffe für die bimodale molekulare und optische Bildgebung

Zur Erlangung der Doktorwürde der Gesamtfakultät für Mathematik, Ingenieur- und Naturwissenschaften der Ruprecht-Karls-Universität Heidelberg

> vorgelegt von Thines Kanagasundaram, M. Sc. Chemie aus Bad Schönborn

INAUGURAL – DISSERTATION

Zur Erlangung der Doktorwürde der Gesamtfakultät für Mathematik, Ingenieur- und Naturwissenschaften der Ruprecht-Karls-Universität Heidelberg

> vorgelegt von Thines Kanagasundaram, M. Sc. Chemie aus Bad Schönborn

> Tag der mündlichen Prüfung: 22.04.2022

Die Synthese von radiomarkierten Silizium-Rhodaminen als Fluoreszenzfarbstoffe für die bimodale molekulare und optische Bildgebung

Gutachter:

- 1. Prof. Dr. Peter Comba
- 2. Prof. Dr. Klaus Kopka (TU Dresden/HZDR)

"All truths are easy to understand once they are discovered; the point is to discover them."

Galileo Galilei (1564–1642)

Die vorliegende Arbeit wurde in der Zeit von Juni 2018 bis Januar 2022, unter der Betreuung von Prof. Dr. Klaus Kopka und Prof. Dr. Peter Comba, in der Abteilung der Radiopharmazeutischen Chemie am Deutschen Krebsforschungszentrum in Heidelberg (DKFZ) sowie im Institut für Radiopharmazeutische Krebsforschung am Helmholtz-Zentrum Dresden-Rossendorf (HZDR) in Dresden angefertigt. Ein Auszug dieser Arbeit wurde von Antje Timmermann zwischen Juli und August 2018 im Rahmen ihrer Bachelorarbeit im Arbeitskreis von Prof. Kopka am Deutschen Krebsforschungszentrum in Heidelberg, unter meiner Betreuung, angefertigt.

Unter der zusätzlichen Betreuung von Assist. Prof. Dr. Eszter Boros wurden Teile der Arbeit von Mai 2019 bis August 2019 an der Fakultät für Anorganische Chemie an der State University of New York in Stony Brook (SUNY) in den Vereinigten Staaten von Amerika angefertigt. Auszüge dieser Arbeit wurden bereits in wissenschaftlichen Fachzeitschriften und anlässlich von Konferenzen in Form von mündlichen Vorträgen oder Posterbeiträgen veröffentlicht:

Publikationen:

- <u>T. Kanagasundaram</u>, A. Timmermann, C. S. Kramer, K. Kopka. New approach to silicon rhodamines by Suzuki–Miyaura coupling – scope and limitations, *Beilstein J. Org. Chem.* **2019**, *15*, 2569–2576.
- II. <u>T. Kanagasundaram</u>, C. S. Kramer, E. Boros, K. Kopka. Rhenium and technetiumcomplexed silicon rhodamines as near-infrared imaging probes for bimodal SPECTand optical imaging, *Dalton Trans.* **2020**, *49*, 7294–7298 (mit *inside front cover*).



- COYAL SOCIETY OF CHEMISTRY OF CHEMISTRY And A society of the socie
- III. <u>T. Kanagasundaram</u>, M. Laube, J. Wodtke, C. S. Kramer, S. Stadlbauer, J. Pietzsch,
 K. Kopka (2021). Radiolabeled Silicon-Rhodamines as Bimodal PET/SPECT-NIR
 Imaging Agents, *Pharmaceuticals* 2021, *14*, 1155.

Publikationen, an denen während der Dissertation mitgewirkt wurde:

- IV. J. Matthias, <u>T. Kanagasundaram</u>, K. Kopka, C. S. Kramer. Synthesis of a dihalogenated pyridinyl silicon rhodamine for mitochondrial imaging by a halogen dance rearrangement, *Beilstein J. Org. Chem.* **2019**, *15*, 2333–2343.
- V. J. Pfister, A. Lichius, D. Summer, H. Haas, <u>T. Kanagasundaram</u>, K. Kopka, C. Decristoforo. Live-cell imaging with Aspergillus fumigatus-specific fluorescent siderophore conjugates, *Sci. Rep.* 2020, *10*, *15519*.

Vorträge auf Konferenzen:

- VI. <u>T. Kanagasundaram</u>, C. S. Kramer, E. Boros, K. Kopka, Synthesis of radiolabeled Si-rhodamines for bimodal imaging, 27. Jahrestagung der Arbeitsgemeinschaft Radiochemie/Radiopharmazie der Deutschen Gesellschaft für Nuklearmedizin (AGRR), 12.–14. September 2019, Pamhagen, Österreich.
- VII. <u>T. Kanagasundaram</u>, M. Schäfer, C. S. Kramer, E. Boros, K. Kopka, Novel radiolabeled silicon dyes for bimodal scintigraphic and optical imaging, 32nd Annual Congress of the European Association of Nuclear Medicine (EANM), 12.–16. Oktober 2019, Barcelona, Spanien.
- VIII. <u>T. Kanagasundaram</u>, M. Laube, C. S. Kramer, S. Stadlbauer, J. Pietzsch, K. Kopka, The radiofluorination of silicon-rhodamines for bimodal PET and NIR-optical imaging [PET/OI], Nuklear Medizin 2021 – digital, 59. Jahrestagung der Deutschen Gesellschaft für Nuklearmedizin (DGN), 14.–17. April 2021.
 - IX. <u>T. Kanagasundaram</u>, M. Laube, C. S. Kramer, S. Stadlbauer, J. Pietzsch, K. Kopka, The radiolabeling of silicon-rhodamines for multimodal PET/SPECT- and NIR optical imaging, eSRS 2021 – Virtual Meeting of the Society of Radiopharmaceutical Sciences (SRS), 17.–19. Mai 2021.

Posterbeiträge auf Konferenzen:

- X. C. S. Kramer, <u>T. Kanagasundaram</u>, K. Kopka, Development of bi-modal (PET/NIR) tumor tracers for non-invasive staging and fluorescence-guided surgery of prostate cancer, NuklearMedizin 2019, *57. Jahrestagung der Deutschen Gesellschaft für Nuklearmedizin (DGN)*, 03.–06. April 2019, Messe Bremen.
- XI. C. S. Kramer, <u>T. Kanagasundaram</u>, K. Kopka, Development of bi-modal (PET/NIR) tumor tracers for non-invasive staging and fluorescence guided surgery of prostate cancer, 23rd International Symposium on Radiopharmaceutical Sciences (ISRS), 26.–31. Mai 2019, Peking, China.
- XII. C. S. Kramer, <u>T. Kanagasundaram</u>, K. Kopka, Development of a bimodal (PET/NIR) tumor tracer for non-invasive staging and fluorescence guided surgery of prostate cancer, 32nd Annual Congress of the European Association of Nuclear Medicine (EANM), 12.–16. Oktober 2019, Barcelona, Spanien.
- XIII. <u>T. Kanagasundaram</u>, C. S. Kramer, E. Boros, K. Kopka, Novel radiolabeled silicon rhodamine dyes for bimodal scintigraphic and optical imaging, 5th International Electronic Conference on Medicinal Chemistry (5-ECMD), *1.–30. November 2019.*

- XIV. <u>T. Kanagasundaram</u>, M. Laube, S. Stadlbauer, C. S. Kramer, J. Pietzsch, K. Kopka, Novel radiofluorinated silicon rhodamines for bimodal PET and NIR-optical imaging, 33rd Annual Congress of the European Association of Nuclear Medicine (EANM'20, virtual), 22.–30. Oktober 2020.
- XV. <u>T. Kanagasundaram</u>, M. Laube, S. Stadlbauer, C. S. Kramer, J. Pietzsch, K. Kopka, Novel radiofluorinated silicon rhodamines for bimodal PET and NIR-optical imaging, Jährliche Posterpräsentation der Internationalen Helmholtz-Graduiertenschule für Krebsforschung am Deutschen Krebsforschungszentrum, 16.–20. Oktober 2020, Heidelberg, Deutschland.
- XVI. <u>T. Kanagasundaram</u>, M. Laube, R. Wodtke, S. Stadlbauer, J. Pietzsch, K. Kopka, The bioconjugation of a radioiodinated silicon rhodamine as multimodal imaging probe for SPECT and NIR imaging, 24th International Symposium on Radiopharmaceutical Sciences (ISRS), 29. Mai–2. Juni 2022, Nantes, Frankreich.

Abstract

Nowadays radiolabeled fluorescent dyes are in emerging demand as multimodal imaging probes (e.g. PET/OI or SPECT/OI) for the treatment of oncological diseases. For this reason the multimodal imaging agents show high potential for clinical applications. The imaging probes are intended to be used for preoperative planning (prestaging) using PET or SPECT imaging to accurately differentiate between healthy and affected tissues. The subsequent fluorescence-guided intraoperative surgery is a powerful tool to precisely resect R0 tumor tissue.

In the present work several novel near-infrared (NIR) absorbing and emitting fluorophores suitable for bimodal PET/SPECT and optical imaging were developed. So far, radiolabeled Si-rhodamines are unknown.

The non-radioactive dyes and precursors belonging to the silicon-rhodamine family were accomplished over multistep organic synthesis and were entirely characterized. Additionally the photophysical properties of the Si-rhodamines in aqueous solution were compared to clinically approved dyes (e.g. indocyanine green or protoporphyrin IX) to ensure the required properties for fluorescence-guided surgery. Hereby, the non-radioactive fluorescent dyes showed quantum yields of up to 10% in aqueous solution and high photostability after irradiation with NIR light.

In radiolabeling experiments the Si-rhodamines were labeled with the most clinically used radionuclides: technetium-99m and iodine-123 as representatives for SPECT imaging and fluorine-18 as a positron emitting radionuclide for PET imaging. The labeling of the Si-rhodamine backbone with technetium-99m showed a radiochemical yield of 59% and a partition coefficient of log $D_{pH=7.4}$ =1.11 from the isolated complex **78**. The tremendous *in vitro* stability of the non-radioactive rhenium complex **77** and the technetium-99m complex **78** in challenging experiments with *L*-histidine in phosphate-buffered solution or human serum makes the complex capable for *in vivo* experiments as well.

After intensive optimization the radiolabeling of the Si-rhodamine scaffold with fluorine-18 resulted in radiochemical yields of up to 54%. Moreover, the radiofluorinated Si-rhodamines showed stabilities greater than 74% in human serum after two hours. In addition, the cationic and lipophilic non-radioactive Si-rhodamines illustrated significant uptake in mitochondria of PC3-cells making these dyes suitable as perfusion imaging agents for bimodal PET- and optical imaging.

As an superior advantage the precursor used for radiofluorination can also be used for radioiodination with iodine-123. The radioiodinated Si-rhodamine was obtained with a radiochemical yield of 54% and shows to date the highest molar activity for NIR dyes determined as 7.64 TBq/µmol.

Moreover, the SPECT-compatible Si-rhodamine was conjugated to different tumor targeting vectors, e.g. the PSMA-1007 binding motif. Subsequently the *in vitro* affinity of the non-radioactive PSMA-1007 conjugated Si-rhodamine to LNCaP cancer cells was evaluated. In addition, the *in vivo* performance of the non-radioactive conjugate in prostate tumor-bearing mice was carefully analyzed.

The first-in-class fluorescent dye family reported here illustrate the first radiolabeled Si-rhodamines showing promising properties for multimodal imaging approaches.



Radiolabeling of the Si-rhodamines with technetium-99m and fluorine-18



Radiolabeling of the Si-rhodamines with iodine-123



Figure 1: An overview of several Si-rhodamines radiolabeled with the clinically relevant radionuclides technetium-99m, fluorine-18 and iodine-123 highlighted in this work for their potential applications in bimodal molecular (PET, SPECT) and optical imaging (OI).

Kurzzusammenfassung

Radiomarkierte Fluoreszenzfarbstoffe erfahren aktuell eine stetig wachsende Nachfrage als Medikamente für die multimodale Bildgebung (z.B. PET/OI oder SPECT/OI) und Behandlung von Krebs. Sie versprechen somit ein hohes Potential für klinische Anwendungen. Die radiomarkierten Farbstoffe können zur präoperativen Planung (Prestaging) durch Zuhilfenahme der PET/SPECT-Bildgebung zur präzisen Differenzierung zwischen gesundem Gewebe und Tumorgewebe eingesetzt werden. Die anschließende Fluoreszenz-gestützte intraoperative Chirurgie ist eine äußerst effiziente Methode zur akkuraten R0-Tumorentfernung.

In der vorliegenden Arbeit wurden neuartige Nahinfrarot(NIR) absorbierende und emittierende Farbstoffe hergestellt, welche für die bimodale PET/SPECT- und optische Bildgebung geeignet sind. Bisher wurden in der Literatur noch nicht über radiomarkierte Si-Rhodamine berichtet.

Die nicht-radioaktiven Farbstoffe, welche zur Familie der Si-Rhodamine gehören, wurden über mehrere organische Syntheseschritte erhalten und anschließend vollständig charakterisiert. Außerdem wurden die photophysikalischen Eigenschaften der Si-Rhodamine in wässriger Lösung mit klinisch zugelassenen Farbstoffen (z.B. Indocyaningrün oder Protoporphyrin IX) verglichen, um die erforderlichen Voraussetzungen für die Fluoreszenzgestützte Chirurgie zu gewährleisten. Dabei zeigen die nicht-radioaktiven Fluoreszenzfarbstoffe im wässrigen Medium Quantenausbeuten bis zu 10% und hohe Photostabilitäten nach Bestrahlung mit NIR-Licht.

In radiochemischen Experimenten wurden die Si-Rhodamine mit den am häufigsten genutzten klinischen Radionukliden Technetium-99m und Iod-123 für die SPECT-Bildgebung und mit Fluor-18 als Positronenemitter für die PET-Bildgebung markiert.

So zeigte die Radiomarkierung des Si-Rhodamin-Grundgerüsts mit Technetium-99m eine radiochemische Ausbeute von 59% mit einem Verteilungskoeffizienten von $\log D_{pH=7.4}=1.11$ des isolierten Komplexes **78**. Die ausgezeichnete *in vitro* Stabilität des nicht-radioaktiven Rhenium-Komplexes **77** und des Technetium-Komplexes **78** in Dekomplexierungsexperimenten mit *L*-Histidin in phosphatgepufferter Salzlösung oder humanem Serum zeigen vielversprechende Resultate der Metallkomplexe für *in vivo* Experimente.

Nach ausführlicher Optimierung der Radiomarkierungsexperimente am Si-Rhodamin mit Fluor-18 wurden radiochemische Ausbeuten von bis zu 54% erhalten. Zusätzlich zeigen die radiofluorierten Si-Rhodamine nach zwei Stunden Stabilitäten über 74% in humanem Serum. Außerdem weisen die kationischen und lipophilen nicht-radioaktiven Si-Rhodamine eine beachtliche Aufnahme in Mitochondrien von PC3-Zellen auf, sodass diese Farbstoffe als Perfusionsmarker für die PET- und optische Bildgebung geeignet wären.

Ein wesentlicher Vorteil ist, dass der für die Radiofluorierung genutzte Vorläufer auch für die Radioiodierung mit Iod-123 genutzt werden kann. Somit konnte das radioiodierte Si-Rhodamin mit einer radiochemischen Ausbeute von 54% hergestellt werden und zeigt zudem den höchsten Wert der molaren Aktivität von 7.64 TBq/µmol für NIR-Farbstoffe.

Des Weiteren wurde ein für die SPECT-Bildgebung kompatibles Si-Rhodamin exemplarisch an bekannte Tumorvektoren wie z.B. das PSMA-1007-Bindungsmotiv geknüpft.

Anschließend wurde *in vitro* die Affinität des nicht-radioaktiven PSMA-1007-funktionalisierten Si-Rhodamins zu LNCaP-Tumorzellen untersucht. Zusätzlich wurde *in vivo* die Bioverteilung des Konjugats in Nacktmäusen mit Prostatatumor-Xenograft evaluiert.

Die neuentwickelten Si-Rhodamine stellen eine neue Klasse radiomarkierter Fluoreszenzfarbstoffe dar, die vielversprechende Eigenschaften für die multimodale Bildgebung zeigen.



Radiomarkierung der Si-Rhodamine mit Technetium-99m und Fluor-18



Radiomarkierung der Si-Rhodamine mit lod-123





Abbildung 1: Überblick der verschiedenen Si-Rhodamine, welche für die bimodale molekulare (PET, SPECT) und optische Bildgebung (OI) im Rahmen dieser Arbeit mit den klinisch relevanten Radionukliden Technetium-99m, Fluor-18 und Iod-123 markiert wurden.

Abkürzungsverzeichnis

2D	zweidimensional					
Abs	Absorption					
ALOX	Aluminiumoxid					
AMG	Arzneimittelgesetz					
AMWHV	Arzneimittel- und Wirkstoffherstellungsverordnung					
APD	engl.: " <i>avalanche photo diode</i> "					
Äq.	Äquivalent					
BLI	Biolumineszenz-Bildgebung (engl.: <i>"bioluminescence imaging</i> ")					
BMG	Bundesministerium für Gesundheit					
BODIPY	4,4'-Difluor-4-bora-3a,4a-diaza-S-indacen					
brsm	engl.: "based on recovered starting material"					
CCD	Ladungsgekoppeltes Bauelement (engl.: " <i>charge-coupled device</i> ")					
CLI	Tscherenkow Lumineszenz Bildgebung (engl.: "Tscherenkow Luminescence					
	Imaging")					
COSY	engl.: "correlated spectroscopy"					
COX-1	Cyclooxygenase-1					
COX-2	Cyclooxygenase-2					
Cq	Quartäres Kohlenstoffatom					
СТ	Computertomographie					
CuAAC	Kupfer-katalysierte Azid-Alkin-Cycloaddition (engl.: "copper(I)-catalyzed					
	azide-alkyne cycloaddition")					
CXCR4	CXC-Motiv-Chemokinrezeptor 4					
d	day					
DC	Dünnschichtchromatographie					
DCM	Dichlormethan					
DCTB	Frans-2-[3-(4-tert-Butylphenyl)-2-methyl-2-propenyliden]-malonsäuredinitril					
	(engl.: 2-[(2 <i>E</i>)-3-(4- <i>tert</i> -Butylphenyl)-2-methylprop-2-enylidene]malononitrile)					
DEPT-135	engl.: "distortionless enhancement by polarization transfer"					
DIBAL-H	Diisobutylaluminiumhydrid					
DIPEA	Diisopropylethylamin					
DMSO	Dimethylsulfoxid					
DOTA	1,4,7,10-Tetraazacyclododecan-1,4,7,10-tetraessigsäure					
DTPA	Diethylentriaminpentaessigsäure					
EE	Essigsäureethylester					

Em	Emission				
EOS	engl.: " <i>end of synthesis</i> "				
ESI	Elektrospray-Ionisation				
Et	Ethyl				
et al.	et alia				
FAPI	engl.: "fibroblast activation protein inhibitor"				
FDA	engl.: "(United States of America) Food and Drug Administration"				
FDG	engl.: "2-[¹⁸ F]Fluor-2-desoxy- <i>D</i> -glucose"				
FLI	Fluoreszenzbildgebung (engl.: "fluorescence imaging")				
Fmoc	Fluorenylmethoxycarbonyl				
GCP II	Glutamatcarboxypeptidase II				
GFP	Grün fluoreszierendes Protein				
GMP	good manufacturing practice				
GRPr	engl.: "gastrin-releasing peptide receptor"				
HBED-CC	N,N'-Bis(2-hydroxy-5-(ethylen-carboxy)benzyl)ethylendiamin-N,N'-				
	diessigsäure				
HEPES	2-(4-(2-Hydroxyethyl)-1-piperazinyl)-ethansulfonsäure				
HMBC engl.: "heteronuclear multiple bond correlation"					
HMPAO Hexamethylpropylenaminooxim					
HOMO	engl.: "highest occupied molecular orbital"				
HPLC	engl.: "high performance liquid chromatography"				
HR	engl.: "high resolution"				
HSQC engl.: "heteronuclear single quantum coherence"					
<i>IC</i> ₅₀	Mittlere inhibitorische Konzentration (engl.: "half maximal inhibitory				
	concentration")				
IC	Interne Konversion (engl.: "internal conversion")				
CG Indocyaningrün					
IDA	engl.: " <i>iminodiacetic acid</i> "				
ISC	engl.: "intersystem crossing"				
IVIS	engl.: " <i>in vivo imaging system</i> "				
LiHMDS	Lithiumhexamethyldisilazid				
Lit.	Literatur				
LUMO	engl.: "lowest unoccupied molecular orbital"				
LYSO	engl.: "lutetium-yttrium oxyorthosilicate"				
m/z	Masse-zu-Ladung-Verhältnis				
MALDI	Matrix-assistierte-Laser-Desorption-Ionisierung				

<i>m</i> CPBA	meta-Chlorperbenzoesäure					
MeCN	Acetonitril					
MeOH	Methanol					
Met	Methyl					
MRT	Magnetresonanztomographie					
MS	Massenspektrometrie					
NBS	N-Bromsuccinimid					
<i>n</i> -BuLi	<i>n</i> -Butyllithium					
NHS	N-Hydroxysuccinimid					
NIR	Nahinfrarot					
NMR	Nuklearmagnetische Resonanz					
OI	Optische Bildgebung (engl.: "optical imaging")					
PBS	Phosphatgepufferte Salzlösung (engl.: "phosphate-buffered saline")					
PET	Positronen-Emissions-Tomographie					
PFP	Pentafluorophenyl					
PMT	engl.: "photomultiplier tubes"					
PNP	para-Nitrophenyl					
ppm	engl.: "parts per million"					
PSMA	Prostata-spezifisches Membran Antigen					
QA	Quantenausbeute					
QMA	engl.: "quaternary methyl ammonium"					
RCC	engl.: "radiochemical conversion"					
RCY	engl.: " <i>radiochemical yield</i> "					
R _f	Retentionsfaktor					
RKI	Robert-Koch-Institut					
RT	Raumtemperatur					
SEV	Sekundärelektronenvervielfacher					
SiPM	engl.: "silicon photomultiplier"					
SPE	Festphasenextraktion (engl.: "solid phase extraction")					
SPECT Einzelphotonen-Emissions-Computertomographie (engl.: "single						
	emission computer tomography")					
SSTR2	Somatostatin-Rezeptor Typ 2					
StrlSchV	Strahlenschutzverordnung					
SuFEx	engl.: "sulfur(VI) fluoride exchange"					
TBDMS	tert-Butyldimethylsilyl					
TBTA	Tris[(1-benzyl-1 <i>H</i> -1,2,3-triazol-4-yl)methyl]amin)					

tert	tertiär				
TFA	A Trifluoressigsäure (engl.: "trifluoroacetic acid")				
THF	Tetrahydrofuran				
TMDHS	DHS (2,7-N,N,N',N'-Tetramethyl-9-dimethyl-10-hydro-9-silaanthrace				
TMSCI	TMSCI Trimethylsilylchlorid				
TOF	OF engl.: "time of flight"				
US	US Ultraschallbildgebung				
UV	V Ultraviolett				
VIS	engl.: " <i>visible</i> "				
WAX	engl.: " <i>weak anion exchange</i> "				
WHO	engl.: "World Health Organization"				
WT	Massenanteil in Prozent				
δ	Chemische Verschiebung				
3	Molarer Extinktionskoeffizient				
λ	Wellenlänge				

Inhaltsverzeichnis

1	. Theoretischer Teil	1
	1.1 Einleitung	1
	1.2 Die Grundlagen der radiopharmazeutischen Chemie	2
	1.3 Wichtige diagnostische Radionuklide in der Nuklearmedizin	4
	1.4 Bildgebende Verfahren in der Medizin	9
	1.5 Elektronische und optische Eigenschaften von Molekülen	. 14
	1.6 Fluoreszenzfarbstoffe für biomedizinische Applikationen	. 16
	1.7 Die bimodale Bildgebung – Kombination von nuklearmedizinischer und optischer Bildgebung	. 27
2	Zielsetzung	. 33
3	. Ergebnisse und Diskussion	. 35
	3.1 Die Synthese von Si-Rhodaminen durch Palladium-katalysierte Suzuki-Miyaura- Kreuzkupplungen	. 35
	3.2 Die Synthese von Technetium-99m markierten Si-Rhodaminen für die SPECT/OI- Bildgebung	. 47
	3.3 Die Synthese von Si-Rhodaminen zur Radiofluorierung in SiFA-	
	Isotopenaustauschreaktionen	. 64
	3.4 Die Synthese von radiohalogenierten Si-Rhodaminen	. 74
	3.5 Die Synthese von biokonjugierbaren Si-Rhodaminen zur Radiomarkierung	101
4	Zusammenfassung und Ausblick	131
5	Experimental Section	137
	5.1 General remarks	137
	5.2 Syntheses	142
	5.3 Radiolabeling procedures for the Si-rhodamines	204
	5.4 Determination of the optical properties of the Si-rhodamines	221
	5.5 Determination of the partition coefficient of 134 via absorption measurements	223

	5.6 Confocal laser scanning microscopy – mitochondrial colocalization experiments with		
	PC3-cells	224	
	5.7 Fluorescent binding assay	224	
	5.8 Determination of half-maximal inhibitory concentration (<i>IC50</i>)	225	
	5.9 In vitro fluorescence detection of stained tissue	226	
	5.10 In vivo/ex vivo mice experiments	226	
6.	Anhang	229	
	6.1 NMR-Spektren	229	
	6.2 IR-Spektren	274	
	6.3 MALDI-MS-Spektrum von Si-Rhodamin 134	275	
	6.4 UV-Vis-NIR Spektren von ausgewählten Si-Rhodaminen	276	
7.	Literatur	279	
8.	. Danksagung	296	
9.	Eidesstattliche Versicherung	299	

1. Theoretischer Teil

1.1 Einleitung

Die Weltgesundheitsorganisation (WHO) und das Robert Koch Institut (RKI) stufen Krebs nach den Herz-Kreislauf-Erkrankungen - weltweit zur zweitgrößten Todesursache im Jahr 2015 ein.^[1-2] Die weltweite Zahl an Krebserkrankungen ist stark fortschreitend und betrug im Jahr 2018 über 18 Millionen Inzidenzen, wobei in Deutschland jährlich bis zu 500.000 Fälle zu verzeichnen sind. Außerdem steigt die Zahl der Fälle mit zunehmendem Alter an. Während zu den häufigsten Krebsarten nach absteigender Häufigkeit Lungen-, Brust-, Prostata- und Darmkrebs zählen, gehören zu den tödlichsten Krebstypen Lungen-, Magen-, Leber-, Brust-Darm-, aber auch Pankreaskrebs. Demnach treten bei Frauen vor allem Brustkrebs und bei Männern Prostatakrebs am Häufigsten auf.^[1]

Heutzutage gibt es unterschiedliche Methoden und Ansätze zur Bekämpfung von Krebs. Zu den wichtigsten Therapiemöglichkeiten zählen Strahlen- und Chemotherapien sowie Immun-, Hormon- oder auch zielgerichtete Therapieansätze.^[3] Ist die Chirurgie möglich, finden zahlreiche Operationstechniken zur Tumorresektion Anwendung. Des Weiteren sind Diagnose- und Therapiemöglichkeiten von Tumoren durch Verwendung (offener) radioaktiver Substanzen möglich, die als radioaktive Arzneimittel (sog. Radiopharmaka) verabreicht werden. Dieser Bereich der modernen Nuklearmedizin stellt ein fundamentales Konzept dar, das als Radioindikator oder Radiotracer Prinzip bezeichnet wird. Hierbei werden die kernphysikalischen und die pharmakokinetischen Eigenschaften der verwendeten Radiopharmaka in der Medizin genutzt, um die Diagnose und die Therapie von Krebserkrankungen durchzuführen. Dabei stehen die Versorgung kranker Menschen und die Erforschung wichtiger Mechanismen und Wirkungsweisen von Arzneimitteln im Vordergrund.^[4]

In einem Teilgebiet der Nuklearmedizin, der radiopharmazeutischen Chemie, werden o.g. Radiotracer als Radiopharmaka für die molekulare nichtinvasive Bildgebung mittels der nuklearmedizinischen Diagnoseverfahren der Positronen-Emissions-Tomographie (PET) und Einzelphotonen-Emissions-Computertomographie (SPECT) entwickelt.^[4] Hierbei kommen moderne Bildgebungsverfahren, die in Abschnitt **1.4** näher erläutert werden, zur Anwendung. In Abhängigkeit vom eingesetzten Radionuklid kommen Radiopharmaka auch für die zielgerichtete Endoradiotherapie zum Einsatz.

1.2 Die Grundlagen der radiopharmazeutischen Chemie

In der radiopharmazeutischen Chemie werden allem die Teilbereiche vor Radiochemie/Nuklearchemie und Radiopharmazie miteinander kombiniert und genauer untersucht. Daraus ergibt sich ein vielseitiges und interdisziplinares Feld. Demnach stehen in der radiopharmazeutischen Chemie primär die Entwicklung, die Herstellung und die Bereitstellung radioaktiver Arzneimittel, der Radiopharmaka, im Fokus. Die Radiopharmaka werden, unter Berücksichtigung des Strahlenschutzes, in der Diagnose und Therapie von Krankheitsfällen untersucht und erlauben wichtige Informationen über Krankheitsverläufe. Für die Diagnose wird beispielsweise die Verteilung eines Radiopharmakons im lebenden Organismus zeitlich verfolgt und analysiert.^[4]

Für therapeutische Zwecke wird die Tumorbekämpfung durch Endoradionuklidtherapie erzielt. Hierzu zählen beispielsweise die Radioimmuntherapie oder die Peptid-vermittelte Radiorezeptortherapie (PRRT).^[4]

Die Herstellung von Radiopharmaka unterliegt zahlreichen Herausforderungen. Demnach müssen die meist kurzlebigen Radionuklide für die jeweilige Anwendung produziert und unmittelbar danach zu den entsprechenden Radiopharmaka umgesetzt und final den Patienten zur Verfügung gestellt werden. Aus strahlenschutztechnischen Gründen und unter Berücksichtigung der physikalischen Halbwertszeiten sollte die Zahl der Syntheseschritte zum Radiopharmakon gering und die Herstellungszeit minimal gehalten werden. So können hohe molare beziehungsweise spezifische Aktivitäten erzielt werden. Die für die Herstellung von Arzneimittel nötigen Radionuklide werden durch die Radionuklidproduktion in Kernreaktoren, in einem Teilchenbeschleuniger, Zyklotron vorgehalten oder mittels dem Radionuklidgeneratoren bereitgestellt.^[4]

Die hergestellten Radiopharmaka unterliegen strengen gesetzlichen Richtlinien und Verordnungen. Analog zu den Arzneimitteln werden Radiopharmaka, unter Beachtung der sogenannten Guten Herstellungspraxis (GMP, engl.: "good manufacturing practice") hergestellt. Zusätzlich muss das Strahlenschutzgesetz (StrlSchG) und die Strahlenschutzverordnung (StrlSchV) bei der Herstellung der Radiopharmaka eingehalten werden. Das Arzneimittelgesetz (AMG), die Verordnung über radioaktive oder mit ionisierenden Strahlen behandelte Arzneimittel- (AMRadV) und die Arzneimittel- und Wirkstoffherstellungsverordnung (AMWHV) sind Voraussetzung für das Arbeiten und dem medizinisch-klinischen Einsatz der Radiopharmaka.^[4]

Die hergestellten radioaktiven Arzneimittel finden sich hauptsächlich in der Diagnostik, aber auch in der Therapie wieder. Hierbei liegen die Konzentrationen der *in vitro* oder *in vivo* verabreichten Radiopharmaka lediglich im nano- bis pikomolaren Konzentrationsbereich (10⁻⁹ bis 10⁻¹⁰ M). Als besonders vorteilhaft erweist sich, dass sich mit dieser sehr geringen Substanzmenge der Stoffwechsel im Körper kaum beeinflussen lässt. Diese Feststellung von George de Hevesy wird als Radiotracer-Prinzip oder Radioindikator-Prinzip bezeichnet.^[5-6]

In Abbildung 2 ist der allgemeine Aufbau eines Radiopharmakons als Grundgerüst veranschaulicht. Demnach besteht das Radiopharmakon aus drei wesentlichen Komponenten: einem Target-spezifischen Molekül und dem Radionuklid, welche durch einen Linker miteinander verbunden sind.^[4, 7]

Das Target-spezifische Vektormolekül visiert die Zellen oder das Gewebe eines biologischen Targets an und kann entweder aus einem niedermolekularen anorganischen oder organischen Molekül, einem Protein oder Peptid, einem Antikörper oder Antikörperfragment oder auch einem Nanopartikel bestehen. Das Vektormolekül ist gegen ein biologisches Target/Biomolekül gerichtet, welches aus einem Enzym, Antigen, Rezeptor, ein Transportprotein oder einer Zellmembran bestehen kann. Dabei ist es von enormer Bedeutung, dass das Vektormolekül, auch Bindungsvektor oder Pharmakophor genannt, eine hohe Spezifität und Selektivität zum Targetmolekül aufweist, damit eine äußerst effiziente und hochaffine Bindung zum Rezeptor gewährleistet wird. Zu den Targetmolekülen zählen beispielsweise Somatostatin-Rezeptoren (z.B. SSTR2), Chemokinrezeptoren (z.B. CXCR4), Bombesinrezeptoren, Neurotensinrezeptoren oder auch der "*Gastrin-releasing peptide receptor*" (GRPr).^[4, 8]

Das Target-spezifische Molekül ist wiederum über einen geeigneten und stabilen Abstandhalter, dem Linker oder Spacer an ein Radionuklid gebunden. Im Falle von niedermolekularen organischen Radiopharmaka kann das Radionuklid auch direkt an das Vektormolekül gebunden sein, sodass keine Linkerfunktion notwendig ist.^[7] Außerdem kann für das Radionuklid auch ein Komplexbildner (Chelator) als Linker fungieren. Die Wahl eines geeigneten Radionuklids ist davon abhängig, ob diagnostische oder therapeutische Ziele verfolgt werden sollen. Die wichtigsten Radionuklide aus der Nuklearmedizin und deren Anwendungen sind in Kapitel **1.3** beschrieben.^[4, 7, 9-10]

Die Verteilung des Radiopharmakons im Körper kann durch die ausgesandte Strahlung vom Radionuklid nichtinvasiv mittels PET oder SPECT detektiert und analysiert werden.

Die Radiomarkierung des maßgeschneiderten Vorläufers erfolgt idealerweise im letzten Schritt der Synthese.^[4]



Abbildung 2: Der allgemeine Aufbau eines Radiopharmakons besteht aus drei Komponenten: das biologische Zielmolekül (Target), wie z.B. Enzyme, Antigene, Rezeptoren oder die Zellmembran, wird durch Bindung eines spezifischen und selektiven Bindungsvektors oder eines Pharmakons "markiert" (niedermolekulare anorganische oder organische Verbindungen, wie Peptide, Proteine, Antikörper, Nanopartikel etc.). Dieser Teil und das Radionuklid kann durch einen Abstandhalter (Spacer) und (im Falle der Markierung mit einem Radiometall) zusätzlich durch einen Komplexbildner (Chelator) getrennt werden, welcher das Radionuklid komplexiert. Die Radionuklide können durch bildgebende Messmethoden (PET/SPECT) detektiert werden.^[4, 10]

Die Verabreichung der radioaktiven Arzneimittel wird überwiegend durch intravenöse Injektion von sterilen und gepufferten physiologischen Salzlösungen erreicht, in welchen der jeweilige Radiotracer enthalten ist. Besondere Anforderungen an die entwickelten Radiopharmaka werden an die Überwindung von Zellmembranen oder der Blut-Hirn-Schranke gestellt.^[4]

1.3 Wichtige diagnostische Radionuklide in der Nuklearmedizin

Wie im vorherigen Abschnitt beschrieben, werden in der Nuklearmedizin Radionuklide für diagnostische und therapeutische aber auch in Kombination für sogenannte theragnostische Zwecke verwendet. Folglich ist das Ziel der Behandlung ausschlaggebend, um eine Aussage zu treffen, welches Radionuklid eingesetzt werden soll. Für diagnostische Anwendungen sollte das Radionuklid dabei so gewählt werden, dass das Radionuklid eine physikalische Halbwertszeit in der Größenordnung des zu untersuchenden Prozesses im Patienten aufweist. Demnach werden sehr kurzlebige PET-Radionuklide wie Sauerstoff-15 (15O) mit einer Halbwertszeit von 2.03 Minuten für Prozesse mit sehr kurzen biologischen Halbwertszeiten wie Blutstrommessungen eingesetzt.^[11] Zur Untersuchung von längeren beispielsweise biologischen Prozessen, wie Proteinsynthesen oder für den Aminosäureverbrauch, eignen sich vor allem Kohlenstoff-11 (¹¹C) oder Fluor-18 (¹⁸F) als Radionuklide der Wahl.^[11] Weitere ausschlaggebende Punkte aus der Radionuklidproduktion sind, dass die Produktionszeit der Radionuklide, die anschließende Verarbeitung in das

Radiopharmakon und schließlich der Transportweg zum Patienten im Wesentlichen minimal gehalten werden müssen. Dabei gilt aus Strahlenschutzgründen prinzipiell, anhaltende Strahlenexpositionen zu vermeiden. Physikalische Halbwertszeiten in der Größenordnung von Tagen bis Wochen sind für diagnostische Anwendungen in diesem Zusammenhang nachteilig, aber im Falle einer endoradiotherapeutischen Anwendung notwendig.^[4]

Außerdem müssen die, durch den im radioaktiven Zerfallsprozess der Radionuklide emittierenden Partikel bzw. Strahlung, eine geeignete Energie aufweisen, damit sie problemlos detektiert werden können.^[10]

In Tabelle 1 sind die bekanntesten Radionuklide aus der Nuklearmedizin, welche in der Diagnostik und in der Therapie Anwendung finden, und deren Verwendungen aufgeführt.

Das gängigste diagnostische Radionuklid für die Positronen-Emissions-Tomographie (PET) ist Fluor-18 mit einer Halbwertszeit ($t_{1/2}$) von 109.7 Minuten und einer Zerfallswahrscheinlichkeit von 97% als Positronenemitter und zu 3% Elektroneneinfang.

Tabelle 1: Wichtige Radionuklide, welche in der Diagnostik Anwendung finden und deren charakteristische Kenngrößen hinsichtlich ihrer Verwendung zur molekularen Bildgebung. β^+ : Positron, β^- : Elektron, γ : Gammastrahlung.^[4]

Radionuklid	Halbwertszeit	Energie	Zerfallsprodukt	Verwendung
¹¹ C	20.4 min	β⁺: 960 keV	¹¹ B	PET
¹⁵ O	2.03 min	β ⁺ : 735 keV γ: 511 keV	¹⁵ N	PET
¹⁸ F	109.7 min	β⁺: 250 keV γ: 511 keV	¹⁸ O	PET
⁶⁴ Cu	12.7 h	β⁺: 278 keV	⁶⁴ Zn (β⁻)	PET
		β ⁻ : 191 keV γ: 511 keV	⁶⁴ Ni (β+)	
⁶⁸ Ga	67.7 min	β+: 1.9 MeV	⁶⁸ Zn	PET
^{99m} Tc	6.02 h	γ: 141 keV	^{99m} Tc	SPECT
¹²³	13.2 h	γ: 159 keV	¹²³ Te	SPECT
¹²⁴	4.15 d	β⁺: 820 keV	¹²⁴ Te	PET
		γ: 1691 keV		
		γ: 603 keV		
404.		γ: 511 keV	101	
131	8.02 d	γ: 364 keV	¹³¹ Xe	SPECT, Therapie
		γ: 637 keV		

Die Positronenenergie des Fluor-18-Radionuklids beträgt 0.635 Megaelektronenvolt (MeV) und die durchschnittliche Reichweite des entstehenden Positrons beträgt 2.3 mm in Wasser. Deshalb besitzt dieses Radionuklid die höchste Ortsauflösung im Vergleich zu allen anderen PET-Radionukliden.^[12-15] Aufgrund dieser Eigenschaften und der leichten Einführung in

5

organische Moleküle werden auf Fluor-18 basierende Verbindungen als Radiotracer für die Bildgebung von biologischen und biochemischen Prozessen oder auch für die Früherkennung von Krankheitsbildern verwendet.^[4, 12] In Schema 1a wird eine Variante zur Herstellung des Fluor-18 mittels Zyklotrons gezeigt. Demnach kann radioaktives Fluor-18 mithilfe der Bestrahlung von mit Sauerstoff-18 angereichertem Wasser mit beschleunigten Protonen gewonnen werden (Schema 1a).

Das in der Nuklearmedizin bekannteste auf Fluor-18 basierende Radiopharmakon ist die Fluor-18-markierte Glukose: 2-[¹⁸F]Fluor-2-desoxy-*D*-glucose ([¹⁸F]FDG **1**, siehe Schema 1b), welche seit 1976 für die Bildgebung und Diagnose unterschiedlicher Erkrankungen genutzt wird.^[11, 16-17] Das Glukoseanalogon kann zur *in vivo* Erfassung des Glukosestoffwechsels in Tumorzellen und zur nichtinvasiven Ganzkörpertumordetektion zur Hilfe genommen werden.



1: 2-[¹⁸F]Fluor-2-desoxy-*D*-glukose ([¹⁸F]FDG)



Schema 1: a) Beispielhafte Herstellung des PET-Radioisotops Fluor-18 durch Bestrahlung von mit ¹⁸O-Sauerstoff angereichtem Wasser mit schnellen Protonen in einem Zyklotron.^[4] b) Chemische Struktur der 2-[¹⁸F]Fluor-2-desoxy-*D*-glukose **1**.^[18] c) Schematische Darstellung der Radionuklidproduktion des SPECT-Radionuklids Technetium-99m via Molybdän-98.^[4] d) Chemische Strukturformel des radioaktiven Wirkstoffs [¹⁸F]PSMA-1007 **2** zur Detektion von Prostatatumorzellen.^[19] Im Gegensatz zu anderen Tumortracern ist mit [¹⁸F]FDG eine Detektion von unterschiedlichen Tumoren zur selben Zeit möglich, da ein allgemein erhöhter Stoffwechsel in Tumorzellen angezeigt wird. Dies ist auf die erhöhte Aufnahme des Radiotracers über Glucose-Transporter und dem anschließenden intrazellulären *"trapping"* in Geweben mit erhöhtem Glucose-Bedarf wie in Tumoren, aber auch in Herz und Hirn, zurückzuführen.^[20-21]

Der Wirkmechanismus von [¹⁸F]FDG im Körper ist analog zur herkömmlichen Glukose. Nach Aufnahme in die Zelle wird das [¹⁸F]FDG durch die Hexokinase phosphoryliert. Im Vergleich zur phoshorylierten Glukose unterliegt das radioaktive [¹⁸F]FDG-6-Phosphat nicht der weiteren Glykolyse. Da nun die Rückreaktion der Dephosphorylierung des [¹⁸F]FDG-6-Phosphats verhältnismäßig langsam stattfindet, reichert sich das [¹⁸F]FDG-6-Phosphat in der Zelle an. Dieser Vorgang wird als sogenanntes *"metabolic trapping"* bezeichnet. Hierbei kann die erhöhte Anreicherung im Gewebe durch die beim Zerfall von Fluor-18 gebildete Gammastrahlung mittels PET-Bildgebung verfolgt und analysiert werden. Da der Verbrauch von Glukose in Tumorzellen höher als in gesunden Zellen ist, können wichtige diagnostische Erkenntnisse über mögliche Erkrankungen gewonnen werden.^[4, 18, 21]

Ein weiterer prominenter Vertreter von radiofluorierten Radiotracern, welcher zur Detektion des Prostata-spezifischen Membran Antigens (PSMA) dient, ist der Wirkstoff [¹⁸F]PSMA-1007.^[19, 22-24] Das Radiopharmakon [¹⁸F]PSMA-1007 wird zur Bildgebung von Prostatatumoren und für eine entsprechende Therapieentscheidung eingesetzt. In Schema 1d wird die chemische Struktur des Fluor-18 markierten Peptidomimetikums **2** gezeigt.

[¹⁸F]PSMA-1007 besitzt eine nachweislich hohe spezifische Bindungsaffinität zu Prostatakrebszellen und kann sich aus diesem Grund selektiv an diese Zellen anreichern. Das PSMA, das membranständige Enzym Glutamatcarboxypeptidase II (GCP II), ist sowohl auf der Oberfläche von gesunden Prostatazellen, aber vor allem auch auf Prostatakrebszellen vorhanden. Da auf der Oberfläche von Prostatakrebszellen eine erhöhte Konzentration von PSMA vorhanden ist, stellt das Radiopharmakon [¹⁸F]PSMA-1007 einen idealen PET-Tracer dar, da sich dieser spezifisch in den Krebszellen anreichert. Durch die Anreicherung des radiomarkierten Wirkstoffs an die Krebszellen können der Tumor beziehungsweise die Tumorzellen mittels molekularer Bildgebungsverfahren sichtbar gemacht werden, in diesem Fall mittels PET-Bildgebung. Bisher sind zahlreiche weitere diagnostische PSMA-bindende Tracer auf Basis der Leitstruktur Glu-urea-Lys, die in [18F]PSMA-1007 enthalten ist, mit weiteren Radionukliden bekannt, wie Gallium-68, Technetium-99m, Indium-111 oder Kupfer-64.^[25-31] Zusätzlich können durch die Verwendung der PSMA-Bindungsmotive und dem Einsatz therapeutischer oder theragnostischer Radionuklide sogar Tumorzellen vernichtet und somit fortgeschrittener Prostatakrebs effektiv behandelt werden. Hierzu zählen vor allem die Radionuklide Actinium-225, Bismuth-213, Blei-212, Iod-131, Kupfer-67 und Lutetium-177.[22, 32-38]

Das wichtigste Radionuklid für die Einzelphotonen-Emissions-Computertomographie (SPECT) oder der Szintigrafie ist das Technetium-99m, welches in der Nuklearmedizin für die in vivo Diagnostik verwendet wird. Der Übergang vom metastabilen Technetium-99m zum Grundzustand Technetium-99 (^{99m}Tc→⁹⁹Tc) ist mit einer Halbwertszeit von 6.02 Stunden optimal für nuklearmedizinische Anwendungen wie die Schilddrüsenszintigrafie, die myokardiale Bildgebung oder auch onkologischen Anwendungsfeldern geeignet.^[39] Aufgrund der geringen Gammaquantenenergie von 141 keV und der geringen Strahlenexposition für den Patienten ist das Technetium-99m, gebunden an geeigneten Liganden, zur Untersuchung geeignet.^[4] Die schematische Herstellung von physiologischen Prozessen von Technetium-99m aus der Radionuklidproduktion wird in Schema 1c gezeigt. Demnach wird in einem Kernreaktor Molybdän-98 mit thermischen Neutronen beschossen. In einer (n, y)-Reaktion bildet sich der β⁻-Emitter Molybdän-99. Das Molybdän-99 zerfällt wiederum mit einer Halbwertszeit von 66 Stunden zum Technetium-99m. Unter Aussendung eines Gammaquants geht das Technetium-99m mit einer Halbwertszeit von sechs Stunden schließlich in das Technetium-99 über. Das Technetium-99 hat eine Halbwertszeit von 213.000 Jahren.^[40-41]

Das Radionuklid ist durch entsprechende Molybdän-99/Technetium-99m-Generatoren relativ leicht verfügbar und ermöglicht eine leichte Handhabung in Kliniken im Vergleich zu Radionukliden, welche mithilfe eines Zyklotrons produziert werden müssen.^[4] Dabei erfolgt die Gewinnung von Technetium-99m als Pertechnetat TcO₄⁻ aus den ⁹⁹Mo/^{99m}Tc-Radionuklidgeneratoren.^[4] Durch die Verwendung der einfach zu handhabenden und schnell verfügbaren mobilen Radionuklidgeneratoren kann das für die Nuklearmedizin benötigte Technetium-99m periodisch erzeugt und weiterverarbeitet werden.^[4]

Das Technetium-99m wird nach Elution als Natriumpertechnetat ([^{99m}Tc]NaTcO₄) erhalten, mit geeigneten Chelatoren komplexiert und nachfolgend den Patienten verabreicht.

Weitere wichtige diagnostische Radiometalle für die PET sind Gallium-68 und Kupfer-64, welche mithilfe von entsprechenden Komplexbildnern, an die Pharmaka gebunden werden.^[7] Das Gallium-68 besitzt eine Halbwertszeit von 68 Minuten und die maximale Energie des Positrons beträgt 1.90 MeV. Das Gallium-68 kann hierbei durch Germanium-68/Gallium-68 Generatoren gewonnen werden und ist somit leicht zugänglich. Die erhöhte Energie des emittierten Positrons (1.90 MeV) im Vergleich zum Fluor-18 (0.635 MeV) kann zu einer geringeren Ortsauflösung verbunden mit Verlusten der Bildqualität führen.^[39] Bevorzugt werden Gallium-68 Radiopharmaka wie [⁶⁸Ga]Ga-DOTA-TOC für die Bildgebung von Somatostatin-Rezeptoren verwendet.^[10, 42-43]

Das Kupfer-64 hat eine Halbwertszeit von 12.7 Stunden und das emittierte Positron besitzt eine maximale Energie von 0.653 Megaelektronenvolt.^[10] Somit besitzt Kupfer-64 im Vergleich zum Gallium-68 eine geringere Energie des Positrons. Dieser Energieunterschied führt zu einer höheren Ortsauflösung mit schärferen Signalen.^[44] Die lange Halbwertszeit des

Kupfer-64 ermöglicht in der PET-Bildgebung, dass in Bioverteilungen langzirkulierende Biomoleküle wie monoklonale Antikörper oder langkettige Peptide, aber auch Nanopartikel über einen längeren Zeitraum verfolgt werden können.^[45]

Weitere wichtige Nuklide, welche in der Nuklearmedizin Anwendung finden, sind die Radioisotope des lods wie das SPECT-Nuklid Iod-123 ($t_{1/2=}$ 13.2 h), das PET-Nuklid Iod-124 ($t_{1/2=}$ 4.15 d), oder das theragnostische Radionuklid Iod-131 ($t_{1/2=}$ 8.02 d).^[4, 46] Das Radioisotop Iod-131 ist das erste Radionuklid, welches für medizinische Zwecke wie beispielsweise zur Behandlung von Schilddrüsenkrebs verwendet wurde und seit Anfang der 1940er Jahren in der Radionuklidtherapie zur Behandlung von malignem Schilddrüsenkrebs dient.^[47-51] Zudem ist Iod-131 das erste, von der amerikanischen Zulassungsbehörde FDA im Jahr 1951, zugelassene Radiopharmaka.^[52-53] Aufgrund einer maximalen Beta-Minus Energie von 0.610 MeV und Gammaenergien zwischen 0.284 MeV und 0.637 MeV eignet sich das Iod-131 hervorragend für therapeutische Zwecke aber auch zur SPECT-Bildgebung.^[4, 54]

1.4 Bildgebende Verfahren in der Medizin

Die nichtinvasive molekulare Bildgebung umfasst die Visualisierung, Charakterisierung und Quantifizierung von biologischen und biochemischen Prozessen auf molekularer Ebene in lebenden Organismen.^[55-57] Dabei werden für die unterschiedlichen nichtinvasiven Bildgebungsmöglichkeiten spezielle Moleküle entwickelt.^[5, 58] Die Bildgebungsverfahren werden zur Früherkennung, Echtzeitanalyse und der Wirksamkeit von Wirkstoffen bei Krankheiten aber auch für onkologische Fragestellungen verwendet. Die anschließende Bildanalyse, welche durch das bildgebende Verfahren erhalten wurde, trägt maßgeblich zur Therapieentscheidung bei.^[59]

Heutzutage ist eine Vielzahl von bildgebenden Verfahren bekannt, welche klinische Anwendung finden. So zählen die Magnetresonanztomographie (MRT beziehungsweise engl.: MRI: *"magnet resonance imaging"*) und die Computertomographie (CT) als gängige morphologische und radiologische Verfahren. Weitere Verfahren in der Medizin sind die Ultraschallbildgebung (US), Endoskopie, Operationsmikroskopie, Positronen-Emissions-Tomographie (PET), Szintigraphie, Einzelphotonen-Emissions-Computertomographie (SPECT) und die optische Bildgebung (OI, engl.: *"optical imaging"*). Als besonders effektiv erweisen sich kombinatorische Hybridgeräte wie PET/CT und PET/MRT. Im Rahmen dieser Arbeit soll sich das Augenmerk ausschließlich auf die für die Nuklearmedizin relevanten Verfahren zur Bildgebung (PET, Szintigraphie, und SPECT) und der optischen Bildgebung richten.^[59]

1.4.1 Die Positronen-Emissions-Tomographie (PET)

Ein wichtiges nichtinvasives und bildgebendes Verfahren in der Nuklearmedizin ist die Positronen-Emissions-Tomographie (PET). Anhand dieser Technik werden Positronenemitter wie beispielsweise die oben genannten und bekanntesten PET-Radionuklide Kohlenstoff-11, Fluor-18 oder Gallium-68 verwendet. Das Verfahren beruht auf Messungen von Gammaquanten. Die verwendeten Radionuklide sind entweder kovalent direkt an einem Pharmakon gebunden oder mit einem geeigneten Liganden komplexiert. In der Positronen-Emissions-Tomographie werden die, bei einem Zerfallsprozess des jeweiligen Positronenemitters entstehenden Gammaquanten, detektiert und anschließend ausgewertet. Im Folgenden ist der Zerfallsprozess des Positronenemitters Fluor-18 verdeutlicht.

$${}^{18}_{9}\text{F} \rightarrow {}^{18}_{8}\text{O} + {}^{1}_{1}\text{e}^{+} + v_0$$
 (1)

Demnach zerfällt der Positronenemitter ¹⁸₉F mit einer Halbwertszeit von 109.7 Minuten zum Sauerstoffisotop ${}^{18}_{8}$ O und es entstehen ein Positron ${}^{1}_{1}e^+$ und ein Neutrino v_0 . Dies bedeutet, dass sich aufgrund des Zerfalls im Kern des Fluor-18 ein Proton in ein Neutron umwandelt und es werden ein positiv geladenes Positron und ein elektrisch neutrales Neutrino emittiert. Nach Injektion eines PET-Radiotracers in lebendes Gewebe legen die durch den Zerfall emittierten kurzlebigen Positronen, abhängig von ihrer kinetischen Energie und der Dichte des Materials, eine Strecke zurück bei der durch Wechselwirkung mit Elektronen oder Atomkernen die kinetische Energie zunehmend sinkt.^[60] Nach Zusammentreffen eines positiv geladenen Positrons und einem negativ geladenen Elektron kommt es zur Bildung eines Positroniums nach der schließlich die Paarvernichtung, welche auch als Annihilation bezeichnet wird, folgt. Dieser Prozess ist mit einer Energiefreisetzung verbunden. Allgemein versteht man unter der Annihilation das Zusammentreffen eines Elementarteilchens und dessen Antiteilchens. In diesem Prozess entsteht Energie in Form von elektromagnetischer Strahlung. Genauer entstehen zwei Gammaquanten, deren Energien jeweils 511 keV betragen und sich diametral mit einem Winkel von ca. 180° in entgegengesetzte Richtungen verteilen (Abbildung 3). Die Energien der emittierten Positronen sind abhängig vom Radionuklid und bestimmen somit auch die zurückzulegende Strecke im lebenden Gewebe, bis sie auf Elektronen treffen. Je niedriger die Energie der Positronen ist, desto niedriger ist auch die Strecke bis zur stattfindenden Annihilation und der Entstehung der Gammaguanten. Daraus resultierend werden somit auch höhere Ortsauflösungen erhalten. Aus diesem Grund kann die höchste Ortsauflösung mit Fluor-18 markierten Radiotracern erhalten werden.^[5, 60] Die entstandenen Gammaquanten können mit hochmodernen Photonendetektoren koinzident gemessen und dreidimensional visualisiert werden. Hierbei werden nur die Ereignisse für die Auswertung gezählt, in denen die Gammaquanten gleichzeitig in einem Zeitfenster von 10 bis 20 Nanosekunden auf den Detektor treffen.^[59] Folglich können Aussagen über die dreidimensionale Verteilung eines Radiotracers im lebenden Organismus getroffen werden. Technisch wird die Detektion der Photonen durch sich um den Patienten umgebende zylinderförmig angeordnete Detektoren realisiert, die sich aus tausenden millimetergroßen Szintillatoren und dahinter geschalteten Sekundärelektronenvervielfachern (SEV) zusammensetzen. Zu den bekanntesten SEVs für die PET zählen u.a. Photomultiplier-Röhren (PMT, engl.: *"photomultiplier tubes"*), Avalanche Photodioden (APD, engl.: *"avalanche photo diodes"*) und somit auch auf Silizium-Basis halbleitende SEVs wie moderne Silizium Photomultiplier (SiPM, engl.: *"silicon photomultipliers"*) oder auch Cer-dotierte Lutetium-Yttrium-Oxyorthosilikat (LYSO, engl.: *"Lutetium–yttrium oxyorthosilicate"*)-Photomultiplier.^[5, 59-63]



Abbildung 3: Das Prinzip der Positronen-Emissions-Tomographie (PET) anhand des Positronenemitters Fluor-18. Im lebenden Organismus treffen die emittierten Positronen des PET-Radiotracers auf Elektronen, welche nach Bildung eines Positroniums in einer Paarvernichtung Gammaquanten mit einer charakteristischen Energie von 511 keV aussenden.

Ein wesentlicher Vorteil der PET gegenüber der Einzelphotonen-Emissions-Computertomographie (SPECT) ist die Möglichkeit, dass quantitative Informationen über die Bioverteilung des Radiotracers im Körper gewonnen werden können.^[5] Zudem haben die gewonnenen Bilder oft eine höhere Auflösung und eine bessere Aussagekraft als in SPECT-Messungen.^[60]

Die wichtigsten Anwendungen der PET neben der Darstellung des Gehirnstoffwechsels in der Neurologie sind vor allem die Lokalisationen von Tumoren für onkologische Fragestellungen.

1.4.2 Die planare Szintigraphie

Ein weiteres bildgebendes Verfahren ist die planare Szintigraphie. Mit dieser physikalischen Methode wird dem Patienten ein radioaktiver Wirkstoff verabreicht und mithilfe einer beweglichen Gammakamera die Verteilung der Radioaktivität vom Radiotracer über dem zu untersuchenden Organ verfolgt und detektiert. Das hierfür am häufigsten genutzte Radionuklid ist Technetium-99m. Als reiner Gammaemitter hat Technetium-99m eine Halbwertszeit von 6.07 Stunden und ist ein Photonenemitter mit einer charakteristischen Gammaenergie von 141 keV. Die Technetium-Radiopharmaka können zur Perfusionsuntersuchung des Gehirns und des Herzens aber auch für Nierenclearance-Untersuchungen verwendet werden. Hierfür muss das Technetium an geeignete Liganden gebunden werden, welche mit dem Technetium eine hohe Komplexstabilität aufweisen. Je nach Komplexbildner können Zielorgane wie Herz (Ligand: Methoxyisobutylisonitril-Reste in Cardiolite[®]), Gehirn (Ligand: HMPAO: Hexamethylpropylenaminooxim), Leber (Ligand: IDA, "iminodiacetic Schilddrüse und (Ligand: engl.: acid"), die Nieren DTPA: Diethylentriaminpentaessigsäure) auf Unregelmäßigkeiten hin untersucht werden.^[64-65] Zusätzlich können knochenaffine Technetium-Phosphonate zur Knochenszintigraphie verwendet werden.

Allgemein liegen in der planaren Szintigraphie vor allem die Darstellung der Durchblutung (Perfusion) und onkologische Fragestellungen im Fokus.^[59]

1.4.3 Die Einzelphotonen-Emissions-Computertomographie (SPECT)

Vergleich Szintigraphie Einzelphotonen-Emissions-Im zur werden bei der Computertomographie (SPECT) nicht nur zweidimensionale Analysen des zerfallenden Radionuklids, sondern auch die dreidimensionale Verteilung des Radiotracers im Patienten erhalten. Bei SPECT handelt es sich um ein Schnittbildverfahren, welches Erkenntnisse über die Aktivitätsverteilung eines Radiotracers im lebenden Organismus liefert. Im Gegensatz zur PET-Bildgebung werden die Signale nicht durch Koinzidenz erzeugte Photonen erhalten, sondern durch die direkte Messung einzelner Gammaphotonen eines Gammastrahlungemittierenden Radionuklids.^[41] In der SPECT erfolgt die Auswertung der Schnittbilder mithilfe von Projektionen aus unterschiedlichen Winkeln des zu untersuchenden Körpers. Analog zur Szintigraphie werden Radionuklide mit geeigneten Gammalinien eingesetzt, wie Technetium-99m, Indium-111 oder lod-123. Grundlegend sollten die Gammaenergien der radioaktiven Quellen zwischen 100 keV und 250 keV liegen.^[45] Die Detektion der emittierten Gammaquanten erfolgt mithilfe von Gammakameras. Demnach drehen sich die Kameras um den Körper des Patienten und dann werden mehrere Schnittbildebenen unter verschiedenen Winkeln simultan erfasst. Die erhaltenen Schnittbilder werden anschließend mithilfe von

mathematischen Rekonstruktionsprozessen, der sogenannten Radon-Transformationen, welche nach dem österreichischen Mathematiker Johann Radon benannt wurden, zu einem dreidimensionalen topographischen Bild zusammengefasst. Sowohl das SPECT-Verfahren als auch die Szintigraphie besitzen äquivalente Applikationsfelder. Beispielsweise werden beide nuklearmedizinischen Verfahren zur Perfusionsbildgebung des Herzens durch Technetium-99m und dessen Durchblutung, der Nieren und der Schilddrüse zu Hilfe gezogen. Im Gegensatz zur planaren Szintigraphie wird die SPECT-Methodik häufiger verwendet, da durch SPECT eine reale dreidimensionale Aktivitätsverteilung des Radiotracers möglich ist und somit für die weiterführende Therapieentscheidung wichtige Antworten liefert.^[41, 45, 59]

1.4.4 Die optische Bildgebung (OI)

Aufgrund der hohen Sensitivität und der spezifischen und selektiven Targetbindung der eingesetzten Moleküle eignet sich neben den bisher beschriebenen Modalitäten (PET/SPECT) vor allem die optische Bildgebung (OI) als wirkungsvoll, um biologische Prozesse in der molekularen Bildgebung visuell darzustellen.^[55] Die optische Bildgebung beruht auf der Detektion von Lichtphotonen, welche mit dem Gewebe wechselwirken. Diese Modalität kann folglich in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie oder Endoskopie zur Resektion von Tumoren nützlich sein. Hierbei werden die Farbstoffe mithilfe von externen Lichtquellen angeregt. Somit stellt diese Methode eine vielversprechende Modalität für künftige klinische Anwendungen dar.^[12, 66-68] Die optische Bildgebung beinhaltet die Teilgebiete der Biolumineszenz-Bildgebung (BLI, engl.: "bioluminescence imaging"), welche auf der Detektion von natürlichen Lichtquellen aus lebenden Organismen wie das grün fluoreszierende Protein (GFP, engl.: "green fluorescent protein") oder Enzyme wie die Luziferase beruht, der Cherenkov-Lumineszenz Bildgebung (CLI, engl.: "Cherenkov luminescence imaging") und die Fluoreszenz-Bildgebung (FLI, engl.: "fluorescence imaging").^[12, 69] Die CLI beruht auf dem gleichnamigen Tscherenkow-Effekt, welcher beschreibt wie Gammaquanten-emittierende Radionuklide in einem Medium optisch sichtbar gemacht werden, indem sich die entstehenden geladenen Teilchen wie Positronen oder Elektronen schneller als Licht im betreffenden Medium bewegen.^[69] Im Rahmen dieser Arbeit liegt der Fokus vorwiegend auf der Fluoreszenz-Bildgebung. In der FLI werden Fluoreszenzfarbstoffe mit idealen optischen Eigenschaften genutzt, um in vitro oder auch in vivo Prozesse mittels physikalischer Methoden wie leistungsstarke Mikroskope oder Kameras sichtbar zu machen und in Echtzeit zu verfolgen. Häufig werden die Farbstoffe an targetspezifischen Molekülen gebunden, um eine selektive Anreicherung an zellulären Zielorganellen zu erreichen.^[69]

Um geeignete Farbstoffe für biomedizinische Fragestellungen zu finden, müssen unterschiedliche Gesichtspunkte in Betracht gezogen werden und somit sind nur eine limitierte

Anzahl an geeigneten Farbstoffen vorhanden. Eine wichtige Größe bei der Entwicklung von Fluoreszenzfarbstoffen ist eine geeignete Wellenlänge im sichtbarenbzw. im Nahinfrarotbereich (NIR) zwischen 400 und 1500 Nanometern.^[70] Je langwelliger dabei die Strahlung ist, desto gewebeschonender sind die auf lebende Organismen treffenden Photonen. Zudem wird mit zunehmender Wellenlänge die Möglichkeit zur Autofluoreszenz gesenkt. Mit Wellenlängen bei ca. 600 nm werden hauptsächlich Biomoleküle wie (sauerstoffreiches) Hämoglobin oder auch Wasser von externem Licht angeregt und diese unerwünschten Absorptionen können durch den Einsatz von Wellenlängen im NIR-Bereich verhindert werden. Folglich sollte der ideale Wellenlängenbereich für die optische Bildgebung im tiefroten bis klinischen NIR-Bereich mit Wellenlängen zwischen 700 nm und 1000 nm liegen.^[71-75] Jedoch muss bei dieser Anwendung in Betracht gezogen werden, dass der Einsatz der niedrigenergetischen Photonen lediglich zu einer geringen Gewebeeindringtiefe im unteren Zentimeterbereich führt.^[76-77] Da Nahinfrarotlicht mit den Augen nicht mehr erkannt werden kann, müssen hierfür leistungsfähige CCD-Kameras (CCD, engl.: "charge-coupled device") zur Detektion verwendet werden.^[68, 78-79]

Von der amerikanischen Zulassungsbehörde Food and Drug Administration (FDA) wurden seit 1959 lediglich das Indocyaningrün (ICG) und der Xanthenfarbstoff Fluorescein zugelassen (Schema 2). Ein weiterer Farbstoff des Typs Rhodamin B wurde aufgrund potenzieller Kanzerogenität nach kurzer Zeit wieder von der FDA ausgeschlossen.^[67, 75, 80] Die Farbstoffe ICG und Fluorescein werden vorwiegend in der Ophthalmologie eingesetzt und werden dabei den Patienten im Multimilligramm-Maßstab verabreicht.^[68, 81] Dagegen sind für Anwendungen in der optischen Bildgebung lediglich kleine Mengen dieser Fluoreszenzfarbstoffe notwendig.[68]

1.5 Elektronische und optische Eigenschaften von Molekülen

Definitionsgemäß wird Licht als eine Form der elektromagnetischen Strahlung betrachtet und kann in eine elektrische und magnetische Komponente unterteilt werden.^[82] Atome oder Moleküle können elektromagnetische Strahlung einer bestimmten Wellenlänge absorbieren und dadurch angeregt werden (Abbildung 4; blauer Pfeil). Hierbei gelangen die Elektronen eines Atoms/Moleküls vom Grundzustand S₀ in energiehöhere Energieniveaus wie S₁, S₂ usw. Es resultieren zwei unterschiedliche Relaxationspfade. Dabei kann zwischen einer strahlungslosen Desaktivierung unterschieden werden.

Unter der strahlenden Desaktivierung versteht man, dass das durch Absorption angeregte Molekül wieder in den Grundzustand gelangt, indem es in etwa die Energiedifferenz des angeregten Zustands und Grundzustands als Photon emittiert. Folglich findet eine Emission
elektromagnetischer Strahlung in Form einer bestimmten Wellenlänge statt. Diese Beziehung kann mit folgender Gleichung dargestellt werden.

$$\Delta E = h \frac{c}{\lambda}$$
 (2)

Demnach wird die Energiedifferenz zweier Energiezustände " ΔE " mithilfe der Naturkonstante, dem Plank'schen Wirkungsquantum h ($h=6.63 \cdot 10^{-34}$ Js), der Lichtgeschwindigkeit c ($c=3.10^8$ m/s) und der Wellenlänge λ berechnet. Die strahlende Desaktivierung kann weiterhin in die Phänomene Fluoreszenz oder Phosphoreszenz eingeteilt werden. Diese energetischen Prozesse sind in einem Jablonski Diagramm in Abbildung 4 grün und orange dargestellt.^[83] Während der Fluoreszenz kehrt ein angeregtes Elektron aus einem angeregten Singulett-Energieniveau innerhalb weniger Nanosekunden (Größenordnung: 10⁻⁹ bis 10⁻⁷ s) in einen energieniedrigeren Zustand, unter Aussendung eines Photons, zurück. In Abbildung 4 ist dieser Prozess mit einem grünen Pfeil veranschaulicht. Während des Fluoreszenzvorgangs bleibt die Multiplizität erhalten. Bei der Phosphoreszenz findet die Emission (oranger Pfeil) mit einer Spinumkehr (ISC, engl.: "intersystem crossing") statt. Der ISC ist ein Übergang zwischen Singulett- und Triplett-Energieniveaus (hellgrüner Pfeil). Im Vergleich zur Fluoreszenz kann die Lebensdauer der Phosphoreszenz dabei Sekunden oder gar Stunden andauern. Wenn die Anregungsenergie in Schwingungsenergie umgewandelt wird, wird dieser Prozess als interne Konversion (IC, engl.: "internal conversion"; dunkelgrüner Pfeil) bezeichnet. Die IC findet in einer Größenordnung von wenigen Pikosekunden statt (10⁻¹² s). Die Prozesse ISC und IC finden isoenergetisch statt.^[82, 84]

Dahingegen wird bei der strahlungslosen Desaktivierung die absorbierte Energie in Rotations-, Schwingungs- oder Translationsenergie umgewandelt. Oftmals ist die Wellenlänge der Emission im Gegensatz zur Anregungswellenlänge größer und somit energieärmer, da im Laufe des Emissionsprozesses aufgrund der oben genannten Gründe ein Energieverlust einhergeht. Dieses Phänomen wird als Stokes-Verschiebung bezeichnet und ist mit einer Rotverschiebung bzw. einer bathochromen Verschiebung der Energie gekennzeichnet.^[82]



Abbildung 4: Veranschaulichung der elektronischen Übergänge in einem Jablonski-Diagramm. Dargestellt sind die möglichen Relaxationspfade eines Molekül nach Anregung und deren charakteristische Lebensdauern. S_x: Singulettzustände, T₁: Triplettzustand, ps: Pikosekunde, fs: Femtosekunde, ns: Nanosekunde, μs: Mikrosekunde und ISC, engl.: *"intersystem crossing*".^[82-83]

1.6 Fluoreszenzfarbstoffe für biomedizinische Applikationen

1.6.1 Wichtige Farbstoffklassen in der Medizin

Heutzutage finden Farbstoffe mit ihren fluoreszenten Eigenschaften Einsatz in vielen unterschiedlichen Anwendungsgebieten. So werden sie beispielsweise vielseitig in der Lebensmittelbranche, Textil-, Pigment- oder Lackindustrie, organischen Elektronik als organische Leuchtdioden (OLED) und vor allem für biologische Anwendungen eingesetzt. Die meisten Farbstoffe können unterteilt werden in anorganische- und organische Farbstoffklassen. Zudem gibt es auch auf Proteine basierende Farbstoffe wie das grün fluoreszierende Protein (GFP). Zunehmende Bedeutung für biologische Anwendungen gewinnen in den letzten Jahren lumineszente Materialien wie Nanopartikel oder Quantumdots.^[84-86] Im Rahmen dieser Arbeit liegt der Hauptfokus jedoch auf den organischen Farbstoffklassen.

Für biomedizinische Einsatzfelder werden die Fluoreszenzfarbstoffe für die Detektion und Färbung von biologischen Bestandteilen wie Zellen, Zellbestandteilen wie Mitochondrien oder Lysosomen oder auch bestimmten proteinogenen Molekülen verwendet.^[87-89] Außerdem können, anhand dieser Farbstoffe, Informationen über die physikochemische Umgebung von Zellen oder dem Gewebe erhalten werden.^[90] Ein weiteres Anwendungsbeispiel von

Fluoreszenzfarbstoffen ist die Markierung und Sichtbarmachung von molekularen Prozessen für die Echtzeitanalyse oder zur Detektion von Biomolekülen.^[91-92]

Es gibt zahlreiche Voraussetzungen, die Fluoreszenzfarbstoffe erfüllen müssen, um sie für biomedizinische Anwendungen im lebenden Organismus einsetzen zu können. Optimalerweise sollten die Farbstoffe Absorptions- und Emissionseigenschaften im klinischrelevanten Nahinfrarotbereich (NIR) besitzen. Dieses sogenannte optische Fenster umfasst die Absorptions- und Emissions-Wellenlängen im Bereich zwischen 700 nm bis 1000 nm.^{[73-} ^{75, 93]} In diesem Wellenlängenbereich besitzt Nahinfrarotlicht gegenüber dem Gewebe eine hohe Transparenz. Der Grund hierfür ist, dass das NIR-Licht von Biomolekülen, wie Melanin, DNA, Lipiden oder auch Hämoglobin, nur geringfügig absorbiert und diese Moleküle somit vergleichsweise geringe Absorptionskoeffizienten im NIR- bzw. klinischen NIR-Bereich besitzen.^[55, 71, 73-75, 94-96] Somit können die Fluoreszenzfarbstoffe selektiv im optischen Fenster angeregt und die entstehenden Photonenemissionen gemessen und nachfolgend analysiert werden. Außerdem ist langwellige Strahlung besonders im NIR-Bereich (>700 nm) kürzere gewebeschonend, dagegen können Wellenlängen und somit höhere Strahlungsenergien die Zellen schädigen und ihre Funktionen irreversibel beeinträchtigen.^{[15,} 55, 71]

Ein weiterer wichtiger Faktor für biologisch relevante Farbstoffe ist eine große Stokes-Verschiebung, damit eine Fluoreszenzlöschung vermieden und entstehendes Streulicht, welches zu Messfehlern führen kann, verhindert werden kann.^[97-98] Idealerweise sollten die NIR-Farbstoffe zusätzlich große Extinktionskoeffizienten im Bereich von Charge-Transfer-(MLCT/LMCT)Komplexen (>100.000 M⁻¹cm⁻¹) mit hohen Quantenausbeuten aufweisen.^[99-100] Des Weiteren sollten organische Fluoreszenzfarbstoffe photostabil sein und kaum Lichtstreuung verursachen, damit sie für biologische Zwecke verwendet werden können. Es ist ebenfalls wichtig, dass die Farbstoffe eine hohe Wasserlöslichkeit aufweisen, um eine Selbstaggregation im wässrigen Medium zu verhindern bzw. zu minimieren.^[93, 100] Weitere ausschlaggebende Faktoren bei der Herstellung von Fluoreszenzfarbstoffen sind der Glanz ("brightness") und hohe chemische und physische Stabilitäten im lebenden Organismus. Zudem sollte die Veränderung der pharmakokinetischen Eigenschaften bei Einsatz der Farbstoffe in Kombination mit targetspezifischen Molekülen möglichst marginal sein.^[93, 100] Daher ist der Einsatz von niedermolekularen Fluoreszenzfarbstoffen ("small molecules") von Vorteil, da diese aufgrund ihres kleinen Molekulargewichtes einen geringen Einfluss auf die Pharmakons versprechen.^[69, 101] Diese pharmakokinetischen Eigenschaften des unterschiedlichen Faktoren und Voraussetzungen müssen bei der Entwicklung von neuen Fluoreszenzfarbstoffen für biologische Anwendungszwecke berücksichtigt werden.

Die heutzutage bekannten organischen Farbstoffe besitzen für biomedizinische Anwendungen limitierte Eigenschaften, die für *in vivo* Anwendungen unzulässig sind. So

1. Theoretischer Teil

zeichnen sich die nachfolgenden und traditionellen organischen Farbstoffe vor allem mit geringer Löslichkeit in Wasser, begrenzten optischen Eigenschaften wie geringe Quantenausbeuten und niedrige molare Extinktionskoeffizienten im wässrigen Medium, aber auch mit geringen Photostabilitäten aus. Diese wesentlichen Nachteile und Problematiken führen zu einer überschaubaren kleinen Anzahl an organischen Fluoreszenzfarbstoffen mit idealen Eigenschaften für biomedizinische Applikationen.^[93, 100]

In Schema 2 sind die wichtigsten und bekanntesten Fluoreszenzfarbstoffe aufgezeigt, welche für medizinische Zwecke genutzt werden. Zu den am häufigsten verwendeten Farbstoffen gehören die Phthalocyanine **3**, BODIPYs **4**, Fluorescein- **5**, Methylenblau- **6**, Squarain- **7** oder Cyanin-Farbstoffe **8** (Schema 2).^[102]



Schema 2: Prominente organische Farbstoffklassen für biologische Anwendungen. Allgemeine Struktur von Phthalocyaninen **3** mit einem koordinierten Metallion M⁺. Der BODIPY-Farbstoff **4** (englisch: borondipyrromethane). Das Fluorescein-Derivat 6-FITC **5** und Methylenblau **6**. Der Squarain-Farbstoff **7** und das Indocyaningrün **8** als Cyaninfarbstoff.

Fluoreszenzfarbstoffe wie die Phthalocyanine **3** sind mit ihren 18π-Elektronen klassische Hückel-Aromaten und zählen zu den zweidimensionalen Porphyrinen. Sie besitzen vier Donor-Stickstoffatome, die jeweils durch Kohlenstoffketten verbunden sind. Als Ligand besitzen die Phthalocyanine Koordinationstellen für weit über 70 Metalle. Die Möglichkeit zur Derivatisierung solcher Farbstoffe führt zur Feinabstimmung von elektronischen und optischen Eigenschaften. Des Weiteren zeichnen sich diese Farbstoffe durch hohe chemische Beständigkeit aus.^[93, 100]

Zunehmende Bedeutung gewinnen in der heutigen Zeit die sogenannten niedermolekularen BODIPY-Farbstoffe (engl.: *"borondipyrromethane"*, **4** in Schema 2) Die Abkürzung steht für 4,4'-Difluor-4-bora-3a,4a-diaza-*S*-indacen und ist basierend auf der Indacen-Struktur, welche zusätzlich ein tetraedrisches Bor-Zentrum enthält. Seit ihrer Entdeckung im Jahr 1968 wurden die BODIPYs an unterschiedliche Targetmoleküle (z.B. Bombesin- oder PSMA-Liganden) geknüpft und fanden somit Anwendung für die targetspezifische Tumorbildgebung.^[103-106] Seitdem sind zahlreiche Modifikationen der BODIPY-Farbstoffe bekannt, deren optische Eigenschaften sich bis zum Nahinfrarotbereich feinabstimmen lassen. Die Einführung von Sulfonatgruppen kann die Wasserlöslichkeit erheblich steigern. Es sind zahlreiche BODIPY-Farbstoffe mit hohen Quantenausbeuten vor allem in organischen Lösungsmitteln bekannt.^[107-110]

Die niedermolekularen Farbstoffe Fluorescein **5** (6-FITC) und Methylenblau **6** werden ebenfalls für biologische Anwendungen genutzt. Fluorescein-Derivate besitzen optische Eigenschaften im sichtbaren Wellenlängenbereich mit sehr hohen Quantenausbeuten vor allem in organischen Lösungsmitteln.^[99] Mit einer Isocyanatgruppe können diese Farbstoffe möglichst einfach an Aminosäuren bzw. an Peptide geknüpft werden.^[111] Dahingegen besitzt das für einige Anwendungen, von der FDA- und der Europäischen Arzneimittelbehörde (EMA), zugelassene Methylenblau Absorptions- und Emissionseigenschaften im Nahinfrarotbereich und wird u.a. zur Wächterlymphknotenmarkierung hinzugezogen.^[102] Neuerdings wird Methylenblau eine übergeordnete Rolle zur Therapie von COVID-19 Virusinfektionen zugesprochen.^[112-113]

Die Fluoreszenzfarbstoffe der Squaraine (**7**, Schema 2) besitzen einen Oxocyclobutenenolat-Vierring, welcher als Quadratsäure-Einheit und somit einer Zwitterionenstruktur aufgebaut und mesomeriestabilisiert ist. Diese Eigenschaft verleiht dem Farbstoff eine hohe Stabilität. Außerdem lassen sich die photostabilen Squaraine, welche seit 1965 bekannt sind, problemlos in Nahinfrarotfarbstoffe modifizieren.^[114-115] Nachteilig für Squarain-Farbstoffe sind eine erhöhte Lipophilie und eine erhöhte Tendenz im wässrigen Medium Aggregate zu bilden. Deshalb besteht eine große Herausforderung darin, wasserlösliche Squarain-Farbstoffe

Eine für biomedizinische Anwendungen ebenfalls wichtige Farbstoffklasse sind die Cyanin-Farbstoffe, wie beispielsweise das kommerziell erhältliche Indocyaningrün (ICG) **8**, welches bereits wie das Methylenblau durch die FDA zugelassen wurde. Diese Substanzklasse gehört zu den Polymethinfarbstoffen. Allgemein lassen sich die Cyanin-Farbstoffe als zwei verbrückende Stickstoffatome beschreiben, die durch konjugierte cyclische oder acyclische Polyene mit einer ungeraden Anzahl an Methingruppen (=C-H) miteinander verbunden sind (**8** in Schema 2). Dabei bestimmt die Länge der konjugierten Kohlenstoffkette die elektronischen und optischen Eigenschaften des Fluoreszenzfarbstoffs. Während dabei ein Stickstoffatom als Elektronenakzeptor fungiert, dient das andere Stickstoffatom als Elektronendonor. Folglich können durch die Erweiterung des konjugierten π-Systems optische Eigenschaften im Wellenlängenbereich bis zu 1000 nm erreicht und molare Absorptionskoeffizienten über 200.000 M⁻¹cm⁻¹ erzielt werden.^[93, 100, 117-118] Der ICG-Farbstoff wird vornehmend in der Fluoreszenz-gestützten Resektion von Tumoren oder in der Ophthalmologie für Augenbehandlungen verwendet und besitzt Absorptionen und Emissionen zwischen 750 und 800 nm.^[75, 80-81, 100, 102] Generell zeichnen sich Cyanine durch hohe Photostabilitäten und sehr hoher Extinktionskoeffizienten aus. Jedoch besitzt der ICG-Farbstoff eine Quantenausbeute im wässrigen Medium von 0.3% bzw. 1.2% in Blut.^[119]

Die photophysikalischen Eigenschaften der genannten Fluoreszenzfarbstoffklassen können, mithilfe der Einführung von bestimmten Substituenten wie Sulfonat- und Carboxylgruppen, Halogeniden und aromatischen Systemen usw. entscheidend verändert und für die jeweilige Applikation feinabgestimmt werden.^[93]

Die Entwicklung der Fluoreszenzfarbstoffe ist von besonderer Bedeutung für die zielgerichtete Detektion und Markierung von Biomolekülen, Gewebe und Tumoren. Aus diesem Grund müssen die Farbstoffe dementsprechend funktionalisiert werden, um eine möglichst hohe Anreicherung im Zielorganell oder Gewebe zu erreichen. Für diese Art der biomedizinischen Anwendungen sind in den letzten Jahren die Substanzklassen der Rhodamine in den Vordergrund gerückt.

1.6.2 Die Farbstoffklasse der Rhodamine

Die Rhodamin-Farbstoffe werden, analog zu den Fluorescein-Farbstoffen, zur Familie der Xanthene gezählt (**5** in Schema 2). Die bekanntesten Vertreter der Rhodamine sind Rhodamin B (Schema 3, **9**) und Rhodamin 101.^[120] Nach Entdeckung durch den Schweizer Chemiker Maurice Ceresole im Jahr 1887 werden die Rhodamine und ihre Derivate vielfältig eingesetzt.^[121] So werden Rhodamine heutzutage beispielsweise in Farbstofflasern, als Referenz zur Bestimmung der Quantenausbeuten, als Photosensibilisatoren oder zur Markierung von Zellbestandteilen wie Lysosomen oder Mitochondrien in lebenden Zellen genutzt.^[122-124] Wie bereits erwähnt, ist die Nutzung dieser Farbstoffe zur selektiven Detektion von Biomolekülen oder zur Anreicherung der Rhodamine als Farbstoffkonjugate in Tumorgewebe von besonderem Vorteil.^[123, 125]

Analog zu den bisher genannten Fluoreszenzfarbstoffen zeichnen sich Rhodamine durch eine akzeptable Hydrophilie, hohen Quantenausbeuten, exzellenter Photostabilität und hohen molaren Extinktionskoeffizienten aus.^[123, 126]

Vorteilhaft für die Rhodamine erweist sich, dass durch die simple Einführung von funktionellen Gruppen wie beispielsweise Carbonsäuren, Sulfonate oder Halogenide die optischen Eigenschaften maßgeschneidert verändert und für ihre jeweiligen Anwendungsgebiete angepasst werden können. Diese Möglichkeit der Derivatisierung bringt eine hohe Zahl an neuen Rhodaminen hervor. Die traditionellen Rhodamine besitzen überwiegend optische Eigenschaften im sichtbaren Wellenlängenbereich zwischen 500 nm und 600 nm mit erhöhter Tendenz zur Autofluoreszenz und geringer Durchdringungseigenschaften im Gewebe.^[123, 127] Im Bezug zu den biologischen Anwendungen der klassischen Rhodamine ist es nachteilig, dass ihre optischen Eigenschaften im sichtbaren Wellenlängenbereich unter 600 nm liegen und somit der Einsatz für biologische Anwendungen limitiert ist.^[123, 127]

Dieser Umstand führte dazu, dass die Entwicklung von neuen Rhodaminen mit optischen Eigenschaften im Nahinfrarotbereich vorangetrieben und neue Veröffentlichungen in diesem Feld publiziert wurden. Hinsichtlich des Rhodamin-Gerüsts stand vor allem die Substitution des Sauerstoffs an Position 10 durch andere Hauptgruppenelementen im Fokus (Schema 3). Schließlich konnte die Gruppe um Fu *et al.* im Jahr 2008 wichtige Vorarbeiten zur bathochromen Verschiebung der optischen Eigenschaften von Rhodaminen leisten, indem das in Position 10 befindliche Sauerstoffatom des Pyronins durch eine Dimethylsilyl-Gruppe ersetzt wurde (Schema 3, **11**). Im Vergleich zum Sauerstoffanalogon des Pyronins führt dieser Schritt zu einer bathochromen Verschiebung der optischen Eigenschaften bis zu 90 nm.^[128]



Schema 3: Fluoreszenzfarbstoffe der Xanthene, deren maximale Absorptions- und Emissionswellenlängen und der Einfluss der Einführung der Dimethylsilyl-Gruppe auf die optischen Eigenschaften. Chemische Struktur des Rhodamin B **9**, Silizium-Pyronin TMDHS **10** (2,7-*N*,*N*,*N*^{*′*},*N*^{*′*}- Tetramethyl-9-dimethyl-10-hydro-9-silaanthracen) als Leitstruktur der Silizium-Rhodamine und das Silizium-Rhodamin SiR650 **11** mit Nummerierung der Kohlenstoffatome des Xanthen-Gerüsts.^[128-132]

Nach Vorstellung entsprechender Silizium-Fluorescein-Derivate wurden ab 2011 schließlich die Silizium-Rhodamine (Si-Rhodamine) von Koide und Egawa *et al.* mit Absorptions- und

Emissionsmaxima zwischen 640 nm und 660 nm präsentiert. Die Absorptionen und Emissionen der Si-Rhodamine reichen bis zum NIR-Spektralbereich (>750 nm).^[131-133]

Aus Schema 3 wird anhand von Rhodamin B 9, dem Silizium-Pyronin TMDHS 10 und dem Silizium-Rhodamin 11 ersichtlich, inwiefern die Einführung von Siliziumverbindungen die optischen Eigenschaften beeinflusst. So kann von Rhodamin B 9 zum Silizium-Rhodamin 11 eine beachtliche bathochrome Verschiebung der optischen Eigenschaften bis zu 100 nm erreicht werden.^[128-132] Nach Entdeckung der Si-Rhodamine wurden zahlreiche neue Si-Rhodamine mit einzigartigen optischen Eigenschaften veröffentlicht.^[134-135] Analog zu den Eigenschaften der traditionellen Fluoreszenzfarbstoffe besitzen Si-Rhodamine ebenfalls hohe Quantenausbeuten und Extinktionskoeffizienten verbunden mit hoher Photostabilität und geeigneter Wasserlöslichkeit.^[131-132]

Der Grund für die bathochrome Verschiebung der optischen Eigenschaften ist ein resultierender geringer Energieunterschied zwischen der am höchsten besetzten Molekülorbitale (HOMOs, engl.: *"highest occupied molecular orbitals*") und der am niedrigsten unbesetzten Molekülorbitale (LUMOs, engl.: *"lowest unoccupied molecular orbitals*") des konjugierten π -Systems nach Inkorporation des Silizium-Organyls im Rhodamin-Gerüst. Laut theoretischer Rechnungen wechselwirken die exo-ständigen Bindungen der Silan-Dimethylgruppen und deren σ *-Orbitale im Si-Rhodamin **11** mit dem π *-Orbital des konjugierten Systems vom Xanthen-Gerüst. Hieraus resultiert eine energetische Erniedrigung des LUMOs, wodurch der energetische Abstand zum HOMO abnimmt und dies zur Verschiebung der optischen Eigenschaften in den langwelligen und somit rotverschobenen Spektralbereich führt. So können letzten Endes Absorptionen und Emissionen der Si-Rhodamine im NIR-Bereich erzielt werden.^[132, 135-136]

Seit der Entdeckung der NIR-Eigenschaften in Si-Rhodaminen sind zahlreiche verwandte Vertreter bekannt, in denen die Position 10 durch unterschiedliche Hauptgruppenelemente ersetzt wurden. So wurde das Silizium bereits durch Bismut, Phosphor, Kohlenstoff, Schwefel, Selen, Tellur, Germanium oder Zinn substituiert und anschließend wurden ihre optischen Eigenschaften untersucht.^[128-135, 137-147] Eine Übersicht der optischen Eigenschaften aller verwandten Rhodamine in wässrigen Lösungen sind in Tabelle 2 dargestellt.

Aus Tabelle 2 wird ersichtlich, dass die größten Rotverschiebungen der optischen Eigenschaften durch Si-Rhodamine entstehen und sich bis zu einem Spektralbereich bei 700 nm erstrecken und feinabstimmen lassen. Außerdem sind in Schema 5 die chemischen Strukturen der Rhodamin-Familie in Abhängigkeit ihrer optischen Eigenschaften dargestellt. Zum direkten Vergleich sind auch die kanonischen Aminosäuren *L*-Tryptophan **12**, *L*-Tyrosin **13** und *L*-Phenylalanin **14** aufgeführt, welche ihre Absorptions- und Emissionseigenschaften im Ultraviolettbereich aufweisen.^[148-149]

Farbstoff	(Hetero)atom	Solvent	λ _{abs} [nm]	ε _{max} [M ⁻¹ cm ⁻¹]	λ _{em} [nm]	${\cal P}_{\sf F}$
TMDHS ^[128] 10	Silizium	H ₂ O	634	64.191	653	0.18
SiR650 ^[131] 11	Silizium	PBS	646	110.000	660	0.31
SiR720 ^[132] 19	Silizium	PBS	721	160.000	740	0.05
CMe ₂ R ^[140] 15	Kohlenstoff	HEPES	552	65.000	577	0.64
BiR ^[144] 18	Bismut	HEPES	635	77.600	658	0.04
RF ₆₂₀ ^[145] 22	Bor	PBS	620	109.000	636	0.36
Me-PR ^[142] 20	Phosphor	PBS	694	92.000	712	0.11
SO ₂ R2 ^[143] 23	Schwefel	H ₂ O	703	95.000	742	0.07
TMR-Se ^[137, 141] 17	Selen	MeOH	581	44.000	608	0.01
1-Te ^[138-139, 141] 21	Tellur	H ₂ O	597	74.000	-	0.01
GeR ^[131] 24	Germanium	PBS	635	-	649	0.34
SnR ^{[131]*}	Zinn	-	-	-	-	-

Tabelle 2: Überblick der optischen Eigenschaften der unterschiedlichen Derivate innerhalb der Rhodamin-Familie.

*Aufgrund der hohen Instabilität des Zinn-Rhodamins SnR konnten keine optischen Eigenschaften bestimmt werden.^[131]

Die Auswirkungen von Funktionalisierungen auf die optischen Eigenschaften am Rhodamin-Grundgerüst sind in Schema 4 dargestellt.



Substitution der Position 10 mit: Si, Ge, P, S, Sn, Se, Te, Bi Bathochrome Verschiebung bis zu 150 nm (relativ zu Rhodaminen)

Schema 4: Der Einfluss der Modifikation eines Rhodamin-Grundgerüsts auf die Absorptions- und Emissionseigenschaften.^[135, 146]

Demnach werden die größten bathochromen Verschiebungen der optischen Eigenschaften durch Substitution von Position 10 durch die erwähnten Hauptgruppenelemente erzielt (rot dargestellt). Dabei können im Vergleich zum traditionellen Rhodamin Rotverschiebungen bis zu 150 nm erreicht werden. Zusätzlich führt die Derivatisierung der beiden Aminogruppen beispielsweise durch eine Alkylkettenverlängerung oder einer Ringerweiterung ebenfalls zu einer großen Rotverschiebung der optischen Eigenschaften bis zu 120 nm (blau dargestellt). Die Funktionalisierung des Phenylrings führt lediglich zu einem weniger beeinflussbaren Effekt auf die optischen Eigenschaften des Rhodamins (grün dargestellt).^[135, 146]



Schema 5: Überblick über verschiedene Fluoreszenzfarbstoffe der Rhodamin-Familie, BODIPY **16** und ihre Zuordnung in das elektromagnetische Spektrum.^[108, 126, 128-146] Zum Vergleich sind auch die fluoreszenten und kanonischen Aminosäuren *L*-Tryptophan **12**, *L*-Tyrosin **13** und *L*-Phenylalanin **14** dargestellt.^[148-149]

Die drei wichtigsten Darstellungsmöglichkeiten von Si-Rhodaminen sind in Schema 6 gezeigt. Die modernste und effizienteste Darstellungsmethode von Si-Rhodaminen wurde im Jahr 2017 unabhängig von den Gruppen um Grimm und Fischer *et al.* eingeführt (Schema 6a).^[150-151]

Demnach werden ausgehend von elektronenreichen Bis-2-Bromophenylsilanen (wie z.B. **26**) in einem Halogen-Metall-Austausch ein zweifach-metalliertes Nukleophil mit elektrophilen Carbonsäureestern umgesetzt. Dabei kann der Halogen-Metall-Austausch durch Magnesium und somit als Grignard-Verbindung oder auch als lithiierte Verbindung erzielt werden. Nach einer sauren Aufarbeitung werden Si-Rhodamine mit chemischen Ausbeuten bis zu 90% erhalten.^[150-151]

Eine Alternative zur Herstellung von Si-Rhodaminen ist die direkte kupferkatalysierte Kondensation von Benzaldehyden mit Diarylsilanen (wie z.B. **28**), unter drastischen Bedingungen mit Temperaturen bei 140 °C, entwickelt von der Gruppe um Wang *et al.* (Schema 6b). Allerdings konnten hier lediglich Ausbeuten von etwa 50% erzielt werden.^[152] Die bekannteste Methode zur Darstellung von Si-Rhodaminen wurde im Jahr 2011 von Koide *et al.* und ab 2012 von Lukinavičius *et al.* veröffentlicht (Schema 6c/6d).^[131, 153]

Gemeinsam haben beide Synthesestrategien dabei, dass ein substituiertes Arylhalogenid zu einer Organolithiumverbindung umgesetzt und danach an ein Silizium-Xanthon (Schema 6c) oder an ein Silizium-Xanthen (Schema 6d) addiert wird. Schließlich wird nach saurer Aufarbeitung ein Si-Rhodamin erhalten. Diese Vier- oder Fünfschritt-Methoden ermöglichen den Zugang zu mehrfach-substituierten Si-Rhodaminen mit akzeptablen Ausbeuten und versprechen eine Toleranz gegenüber vielen funktionellen Gruppen.^[135, 147, 153-155]



Schema 6: Bekannte Möglichkeiten zur Darstellung von Si-Rhodaminen unter Zuhilfenahme von Grignard-Verbindungen und Lithium-Organylen. A) Umsetzung mit elektronenreichen Silanen und elektrophilen Carbonsäureestern nach Grimm und Fischer *et al.* b) Kupfer-katalysierte Kondensationsreaktion von Silanen mit Aldehyden und c)/d) Nukleophile Additions- und Eliminierungsreaktion von metallierten Nukleophilen an Si-Xanthonen bzw. Si-Xanthenen nach Lukinavičius und Koide *et al.*^[131, 150-153]

Die Einführung von funktionellen Gruppen in das Si-Rhodamin ist essentiell für eine aktive Anreicherung in speziellen Zellen oder Gewebe, da erst dann die entsprechend funktionalisierten Si-Rhodamine mit verschiedenen Targetvektoren versehen werden können. Aus diesem Grund müssen die Farbstoffe durch Einführung von bestimmten funktionellen Gruppen wie beispielsweise Amino- oder Säuregruppen zum aktiven Targeting verfügbar gemacht werden.

Ein bestimmtes Phänomen, welches *ortho*-Carbonsäure-substituierte Rhodamine aufweisen, ist die Präsenz eines Gleichgewichts zwischen einer offenkettigen und geschlossenen Form des Rhodamins.^[156-157] Dieser Effekt ist in Schema 7 dargestellt und wurde für Si-Rhodamine erstmals durch die Gruppe um Wang *et al.* im Jahr 2011 bekannt und danach von Lukinavičius *et al.* ausführlich untersucht.^[153, 158]





Demnach besteht zwischen dem offenkettigen und fluoreszenten Zwitterion **31** und dem geschlossenen und nicht-fluoreszenten Si-Rhodamin **32** ein pH-abhängiges chemisches Gleichgewicht. Während im wässrig-sauren Milieu die offenkettige Form überwiegt, tritt im basischen Milieu eher das nicht-fluoreszente Spirolacton auf, welches durch eine intramolekulare Zyklisierung entsteht. Dieses Phänomen kann in *in vitro* Experimenten zur Detektion und Identifizierung von lebenden Zellen genutzt werden, da das ungeladene Spirolacton **32** eine erhöhte Zellpermeabilität aufweist und somit nach Zelleintritt im sauren Milieu in die offenkettige zwitterionische Form überführt und an ein geeignetes Target wie beispielsweise Rezeptormoleküle oder Proteine gebunden werden kann. Durch die Überführung in die zwitterionische Struktur entsteht das erweiterte konjugierte π -System, welches wiederum zu Fluoreszenzsignalen führt. Die entstehende Fluoreszenz kann nun durch hochauflösende Instrumente wie beispielsweise STED oder Konfokalmikroskopie bildlich dargestellt werden. Des Weiteren senkt der geschickte Einsatz des chemischen Gleichgewichts die Tendenz zur unspezifischen Bindung an Zellen und vermindert die Wahrscheinlichkeit von Hintergrundsignalen.^[153, 159]

1.7 Die bimodale Bildgebung – Kombination von nuklearmedizinischer und optischer Bildgebung

In Abschnitt **1.4** wurden die bildgebenden Verfahren der Nuklearmedizin wie PET und SPECT, aber auch die optische Bildgebung beschrieben. Im Folgenden ist eine Übersicht über die in dieser Arbeit thematisierten bildgebenden Verfahren und deren charakteristischen Eigenschaften aufgezeigt (Tabelle 3).

Tabelle 3: Überblick der Eigenschaften der molekularen Bildgebungsmethoden: Positronen-Emissions-Tomographie (PET), Einzelphotonen-Emissions-Computertomographie (SPECT), und optische Bildgebung (OI).^[15, 70, 77, 160]

	PET	SPECT	OI
Ionisierende Strahlung	vorhanden	vorhanden	nicht
(aufgrund von			vorhanden
radioaktivem Zerfall)			
Kosten	Sehr hoch	Hoch	niedrig
Detektion der Energie	Gammaphotonen im	Gammaphotonen von	400–1500 nm
	511 keV-Bereich	100–250 keV durch	
	durch Annihilation	Gammaemitter	
Zeitliche Auflösung	<300 s	60-2000 s	10–2000 s
Ortsauflösung	5–7 mm	8–10 mm	µm-Bereich
Sensitivität	10 ⁻¹¹ bis 10 ⁻¹² M	10 ⁻¹⁰ bis 10 ⁻¹¹ M	10 ⁻⁹ bis 10 ⁻¹¹ M
Gewebepenetration	<30 cm	<30 cm	1–2 cm
Eingesetzte Substanzmenge zur Detektion	pM/nM-Bereich	pM-Bereich	nM-Bereich

Im Allgemeinen kommen für die nuklearmedizinische Bildgebung Radiopharmaka zum Einsatz, während in der optischen Bildgebung Fluoreszenzfarbstoffe eingesetzt werden. Im Vergleich sind die Kosten für die Beschaffung und Nutzung der nuklearmedizinischen Bildgebungsverfahren (PET/SPECT, Hybridgeräte wie PET/CT, PET/MRT, SPECT/CT) verbunden mit dem Betrieb eines Zyklotrons mit angeschlossener Radiopharmazie um ein Vielfaches höher als die Verwendung von optischen Bildgebungstechniken.^[161-162] Des Weiteren ist die geringe Ortsauflösung im Millimeterbereich der nuklearmedizinischen Verfahren ein wesentlicher Nachteil. Trotzdem versprechen die nuklearmedizinischen Verfahren als Ganzkörperuntersuchungsmethode die Detektion von Gammaphotonen aus dem Zerfall der jeweiligen Radionuklide mit höchster Sensitivität. Zudem werden dem

Patienten für PET oder SPECT-Messungen nur Kleinstmengen im nano- bis pikomolaren Bereich verabreicht, um aussagekräftige Informationen der Pharmaka im Körper zu treffen und anschließend geeignete Behandlungsmethoden zu wählen. Dagegen ist die optische Bildgebung weniger sensitiv und es müssen dem Patienten Substanzmengen in mikromolaren oder sogar millimolaren Größenordnungen, in Abhängigkeit von der jeweiligen Applikationen, verabreicht werden. Zudem ist die Detektion der Fluoreszenz auf lediglich eine bestimmte Position des Patienten limitiert, sodass derzeit keine Ganzkörperuntersuchungen möglich sind. Darüber hinaus ermöglicht die geringe Eindringtiefe der Lichtquelle eine bedingte Gewebepenetration.^[163-164]

Trotz dieser Nachteile kann die optische Bildgebung in Kombination mit der Fluoreszenzgestützten Chirurgie zur eindeutigen Tumoridentifikation mit anschließender Tumorresektion genutzt werden.^[70, 160, 165]

Da die jeweiligen Bildgebungsverfahren sowohl Vorteile als auch Nachteile besitzen, ist der Zusammenschluss aus mehreren Bildgebungstechniken zu einem Hybridsystem sehr effektiv, da somit die Vorteile aus den einzelnen Bildgebungsverfahren aufsummiert und die Nachteile der einzelnen Verfahren durch diese Kombination ausgeglichen werden können.^[70] Folglich ist die Kombination aus einem Radiopharmakon bzw. einem Radionuklid und einem Fluoreszenzfarbstoff im selben Molekül eine strategisch hochwirksame Methode zur Bildgebung von Erkrankungen wie Krebs. Allgemein wird der Zusammenschluss aus mehreren bildgebenden Modalitäten als bimodale oder auch als multimodale Bildgebung bezeichnet.^[70]

Durch die Kombination aus optischer und nuklearmedizinischer Bildgebungsmethoden wird ein synergistischer Effekt erzielt, da dadurch hohe Empfindlichkeiten, Gewebeeindringtiefen und hohe Ortsauflösungen im Mikrometerbereich vom Ganzkörper bis zur subzellulären Dimension erreicht werden können. Diese Konzeptstrategie ermöglicht die nichtinvasive präoperative Visualisierung von Tumoren mittels z.B. PET/CT gefolgt von einer äußerst effektiven Fluoreszenz-gestützten Tumorresektion und der anschließenden postoperativen Einschätzung der Tumorbehandlung wiederum mittels PET/CT und ist somit eine hochwirksame Methode zur Bekämpfung von Krebs.^[166]

Aus der Literatur sind bisher unterschiedliche multifunktionale Radiotracer für die bimodale Bildgebung bekannt. Neben der Kombination PET/OI und SPECT/OI sind auch andere Radiotracer und Kontrastmittel für die bimodale Bildgebung mittels PET/CT, PET/MRT, SPECT/MRT oder auch MRT/OI bekannt.^[69, 167-171]

Jedoch liegt im Rahmen dieser Arbeit der Fokus vorwiegend auf Klassen von Tracermolekülen, die für die Kombinationen des Typs PET/OI und SPECT/OI geeignet sind. Vor allem in den letzten 10 Jahren konnten eine Vielzahl an PET/OI und SPECT/OI Radiotracern hergestellt und biologisch evaluiert werden. In der nachfolgenden Abbildung 5

ist eine Auswahl wichtiger niedermolekularer Radiotracer für die Anwendungen PET/OI und SPECT/OI mit den jeweiligen Radionukliden und ihrer charakteristischen Eigenschaften dargestellt. Hierbei sind die Verbindungen in unspezifische und tumorspezifische Radiotracer eingeteilt. Neben den niedermolekularen Radiotracern gibt es auch auf Nanopartikeln basierende Radiotracer für die bimodale Bildgebung. Jedoch wird sich in dieser Arbeit hauptsächlich auf niedermolekulare Radiotracer konzentriert.^[69]



Abbildung 5: Eine Auswahl an Radiotracern für die bimodale PET/SPECT- und optische Bildgebung mit den charakteristischen optischen und radiochemischen Kenngrößen. A) [¹⁸F]F-Rhodamin B **33**, b) [¹⁸F]F-BODIPY **34**, c) [⁶⁴Cu]Cu-Phthalocyanin **35**, d) ^{99m}Tc-Komplex **36**, e) [¹⁸F]F-BODIPY-NHS-Ester für Biokonjugationen **37**, f) [¹²⁴I]I-Fluorescein-Antikörper (Trastuzumab) Konjugat **38** und ein [¹⁸F]F-BF₄-Cy3-Glu-Urea-Glu-Radiotracer **39** mit erhöhter Bindungsaffinität zu Prostatatumorzellen.^[172-181]

Der erste Fluor-18 markierte Farbstoff, welcher zur Rhodamin-Familie gehört, wurde im Jahr 2008 von der Gruppe um Heinrich *et al.* vorgestellt und im Jahr 2011 vollständig charakterisiert.^[172-174] Demnach wurde der Rhodamin B Farbstoff mit einer Fluor-18-radiomarkierten Alkylkette verestert, sodass die Radiofluorierung lediglich indirekt an den Farbstoff geknüpft wurde. Bisher wurde noch nicht von einer direkten Radiomarkierung an die Rhodamin-Grundstruktur berichtet.^[173]

Zwar wurde dieser Farbstoff nicht für die bimodale PET/OI-Bildgebung verwendet, sondern fand als myokardialer Perfusionsmarker Anwendung. Trotz eines anderen Einsatzgebietes

stellt der Rhodamin-B Farbstoff **33** als erster radiomarkierter Farbstoff den Beginn der Entwicklung von PET/OI Radiotracern dar (Abbildung 5a).^[172] Danach konnte im Jahr 2011 die Gruppe um Li *et al.* den ersten radiofluorierten BODIPY-Farbstoff als PET/OI Radiotracer einführen.^[175] Dieser radiomarkierte Farbstoff konnte mit einer radiochemischen Ausbeute (RCY, engl.: *"radiochemical yield"*) von lediglich 22% und optischen Eigenschaften im sichtbaren Bereich des elektromagnetischen Spektrums erhalten werden (Abbildung 5b).^[175, 177, 182-184] Interessanterweise zeigt das radiofluorierte BODIPY **34** *in vivo* kaum Hydrolyseeigenschaften der Bor-Fluorid Bindung, da in PET-Aufnahmen keine Inkorporation von freien Fluorid-18-Ionen in die Knochen detektiert wurden.^[175] Zwar liegt die molare Aktivität von **34** bei etwa 52 GBq/µmol, aber dennoch befinden sich die optischen Eigenschaften dieser Verbindung im sichtbaren Wellenbereich und somit limitiert diese Eigenschaft den möglichen Einsatz für bimodale PET/OI. Bis heute sind zahlreiche unterschiedliche radiomarkierte BODIPY-Farbstoffe charakterisiert und *in vivo* untersucht worden.^[185-187]

Im selben Jahr konnte auch ein Phthalocyanin publiziert werden, welches mit Kupfer-64 markiert wurde (Abbildung 5c). Dieser Farbstoff mit einem Molekulargewicht von ca. 985 g/mol besitzt optische Eigenschaften im NIR-Spektralbereich und weist als unspezifischer Farbstoff überraschenderweise eine gewisse Tumoraufnahme auf.^[176]

Zudem wurden Fluorophore mit SPECT-Radionukliden, wie mit dem klinisch relevanten Radionuklid Technetium-99m, markiert und ihre optischen und radiochemischen Eigenschaften untersucht (Abbildung 5d). So wurde bewiesen, dass der radiomarkierte Farbstoff **36** zellgängig ist.^[180] Weitere auf Technetium-99m basierende SPECT-OI-Vertreter zeigen ebenfalls zellpermeable Eigenschaften.^[188-189]

Gemeinsam haben diese unspezifischen und radiomarkierten Farbstoffe, dass sie an keine biologischen Targetvektoren gebunden sind, welche erst eine selektive Anreicherung des Radiotracers in Zielorganen oder Tumoren ermöglichen. Aus diesem Grund tragen diese unselektiven und lipophilen Radiotracer vornehmend zu einer unspezifischen Anreicherung in Leber und Niere bei.^[175-176]

Dagegen können die mit den PET-Radionukliden Fluor-18 und Iod-124 markierten Farbstoffe **37** und **38** an verschiedene Tumortargetvektoren gebunden werden (Abbildung 5e/f). Durch die Anknüpfung an entsprechenden Targetvektoren können diese Farbstoffe folglich in optischen und PET-Aufnahmen eine selektive Tumoranreicherung aufzeigen.^[177-178, 181] So zeigt beispielsweise der kürzlich entwickelte und biokonjugierte Fluor-18-markierte Radiotracer **39** in *in vivo* Versuchen eine hohe Bindungsaffinität zu Prostatatumorzellen (Abbildung 5g).^[179]

Die Entwicklung von Radiotracern für die bimodale Bildgebung erweist sich als äußerst komplex, da viele Faktoren wie geeignete optische Eigenschaften (z.B. hohe

Quantenausbeuten und molare Extinktionskoeffizienten), hohe Hydrophilie, minimierte Autofluoreszenz und Streueffekte, aber auch radiochemische Kenngrößen wie hohe radiochemische Ausbeuten und molare Aktivitäten berücksichtigt werden müssen. Zudem ist eine weitere Herausforderung, dass aufgrund der Arbeiten mit Radionukliden, unter Wahrung der physikalischen Halbwertszeiten des jeweiligen Radionuklids, die Syntheseschritte möglichst kurz und zeiteffizient durchgeführt werden müssen.

Zusammenfassend zu den PET/SPECT- und optisch bildgebenden Radiotracern lässt sich feststellen, dass bisher nur wenige niedermolekulare NIR-Farbstoffe bekannt sind und den zukünftigen radiomarkierten Fluoreszenzfarbstoffen ein hohes Potential für die bimodale Bildgebung zugesprochen wird.

2. Zielsetzung

Ziel der vorliegenden Arbeit ist die Herstellung und Radiomarkierung neuartiger Silizium-Rhodamine (Si-Rhodamine/SiR) mit den klinisch relevanten Radionukliden Fluor-18, Technetium-99m und Iod-123 für den Einsatz als Radiotracer für die bimodale PET/SPECT und optische Bildgebung. Mit Molekulargewichten von weniger als 500 g/mol stellt die niedermolekulare Farbstoffklasse der Si-Rhodamine nach Kupplung an Tumorvektoren eine Möglichkeit dar, im Vergleich zu tumoraffinen Makromolekülen oder Biomolekülen (z.B. Proteine oder Antikörper) nur eine geringfügige Auswirkung auf die Pharmakologie zu haben. Bisher wurden noch keine direkt radiomarkierten Si-Rhodamine in der Literatur beschrieben. Aus diesem Grund ist es wichtig, dass zunächst die Eignung der neuen radiomarkierten Si-Rhodamine für ihre zukünftigen Einsätze als Radiotracer für die bimodale Bildgebung evaluiert werden.

Zuerst galt es Si-Rhodamine der allgemeinen Struktur **40** und **41** (Abbildung 6) zu synthetisieren und diese mit den gängigsten analytischen Methoden zu charakterisieren.

Dabei liegt ein Hauptaugenmerk der Si-Rhodamine, welche in mehrstufigen organischen Syntheseschritten erzielt werden sollen, auf eine hohe Reinheit aber auch auf eine hohe chemische Ausbeute der Fluoreszenzfarbstoffe und deren Vorläufer für die darauffolgende Radiomarkierung. Zudem ist es wichtig, dass die Si-Rhodamine eine akzeptable Löslichkeit im wässrigem Medium besitzen.

Des Weiteren galt als Ziel die optischen Eigenschaften der nicht-radioaktiven Si-Rhodamine wie beispielsweise ihre Photostabilität, aber auch die Absorptions- und Emissionswellenlängen im NIR-Wellenlängenbereich und die Quantenausbeuten im wässrigen Medium der Farbstoffe zu untersuchen sowie mit kommerziell erhältlichen und für die Fluoreszenz-gestützte Chirurgie zugelassenen klinischen Farbstoffen zu vergleichen.

Die Radiomarkierung der Si-Rhodamine soll mit den diagnostisch relevanten Radionukliden Technetium-99m und Iod-123 für die SPECT-Bildgebung und auch mit dem klinisch am Häufigsten genutzten Positronenemitter Fluor-18 durchgeführt werden. Hierbei werden die aus der Literatur bekannten modernen Methoden zur Radiomarkierung zur Hilfe genommen.

Da die Farbstoffe *in vitro* und *in vivo* auf ihre Tauglichkeit als Radiotracer untersucht werden müssen, sollen die radiomarkierten Farbstoffe zu einer prosthetischen Gruppe der allgemeinen Struktur **42** umfunktionalisiert werden, um eine anschließende Biokonjugation mit dem PSMA-Bindungsmotiv Glu-Urea-Lys oder anderen Tumorvektoren (z.B. Indomethacin) zu erzielen. Nach erfolgreicher Biokonjugation soll der Radiotracer hinsichtlich der Bindungsaffinität zu den Prostatatumorzellen evaluiert werden. Sobald der tumoraffine und

Radiotracer eine hohe Bindungsaffinität zu den Tumorzellen zeigt, kann die prosthetische Gruppe auf andere Tumorentitäten übertragen werden.

In Abbildung 6 sind die wesentlichen Ziele dieser Arbeit zusammengefasst.

Zunächst soll die Radiomarkierung der Silylgruppe am Si-Rhodamin durch einen literaturbekannten Fluorisotopenaustausch untersucht werden (Abbildung 6a).

Im nächsten Teilprojekt soll eine Direktmarkierung der klinisch relevanten Radionuklide Technetium-99m, lod-123 und Fluor 18 am Phenylring durchgeführt werden (Abbildung 6b).

Nach den erfolgreichen Radiomarkierungen sollen entsprechende Si-Rhodamine als prosthetische Gruppe an literaturbekannte Tumorvektoren wie beispielsweise das PSMA-1007-Bindungsmotiv oder Indomethacin geknüpft und schließlich biologisch evaluiert werden (Abbildung 6c). Hierbei stellt sich die wesentliche Frage, ob die Tumorvektoren durch die Verknüpfung an die niedermolekularen und radiomarkierten Si-Rhodamine ihre Bindungsaffinität zu den entsprechenden Tumorzellen beibehalten oder sogar verlieren.

Mithilfe dieser Daten lässt sich ableiten, ob sich die radiomarkierten Si-Rhodamine als neuartige Substanzklasse für die bimodale Bildgebung eignen.



Abbildung 6: Die wesentlichen Ziele der Arbeit sind die Radiomarkierung von Si-Rhodaminen. a) Die Radiofluorierung des Si-Rhodamins **40** am Silizium in Form eines Radioisotopenaustauschs. b) Die direkte Radiomarkierung der Phenylgruppe am SiR-Grundgerüst **41** mit Technetium-99m, Fluor-18 und Iod-123. c) Die Kupplung des Si-Rhodamins **42** als radiomarkierte prosthetische Gruppe an tumoraffine Targetvektoren.

3. Ergebnisse und Diskussion

3.1 Die Synthese von Si-Rhodaminen durch Palladium-katalysierte Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungen

Im ersten Teilprojekt dieser Arbeit wurde eine Synthesestrategie zur Palladium-katalysierten Herstellung von Si-Rhodaminen weiterentwickelt.¹ Die in Schema 6 gezeigten und bisher bekannten Synthesemöglichkeiten ergeben Si-Rhodamine in hohen Ausbeuten und hoher Reinheit. Jedoch erweisen sich einige der bisher vorgestellten Synthesemöglichkeiten, welche überwiegend auf nukleophile Additions- und Eliminierungsreaktionen basieren, vor allem für Carbonsäure-funktionalisierte Si-Rhodamine als nachteilig, da die Schützung der freien Carbonsäure zu zusätzlichen multiplen Syntheseschritten führen und somit letzten Endes die Endausbeute reduzieren kann. Außerdem kann die Synthesestrategie der nukleophilen Additionsreaktionen auch problematisch für die entsprechende Synthese der Carbonsäurefunktionalisierten Ausgangstoffe, wie halogenierte Arylhalogenide, welche für den Lithium-Halogen-Austausch benötigt werden, sein. Zudem müssen die polaren Si-Rhodamine oftmals neben gängiger säulenchromatographischer Reinigungen zusätzlich mittels aufwendiger HPLC-Methoden aufgereinigt werden.

Aus diesen Gründen wurden weitere Veröffentlichungen zur Herstellung von Rhodaminen zur Hilfe genommen, um diese Synthesestrategien auf Si-Rhodamine zu übertragen und diese mit unterschiedlichen funktionellen Gruppen wie beispielsweise Säuregruppen auszustatten und möglichst in hoher Reinheit ohne zusätzliche Aufreinigungsschritte (z.B. HPLC) zu erhalten.

Die Synthesestrategie umfasst die Herstellung von Si-Rhodaminen durch Palladiumkatalysierte Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungen und basiert auf Vorarbeiten von Umezawa/Urano und Detty *et al.* (Schema 8b/c).^[190-192] Allgemein ist bekannt, dass Palladiumkatalysierte Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen unter milden Bedingungen und wenigen Syntheseschritten zu hohen chemischen Ausbeuten, aber auch zu hohen Reinheiten der entsprechenden Produkte führen. Zudem sind oftmals die hierfür benötigten recht stabilen Borverbindungen wie beispielsweise Arylboronsäuren kommerziell erhältlich oder auch leicht synthetisierbar.^[193-194]

Aus diesem Grund konnten bisher funktionalisierte Rhodamine der allgemeinen Struktur **47** mit akzeptablen Ausbeuten zwischen 10% und 99% dargestellt werden (Schema 8b).^[190] Dagegen konnten durch Umezawa und Urano *et al.* in Palladium-katalysierten Suzuki-Miyaura-Kupplungen Si-Rhodamine lediglich zwischen 6% und 23% (**49–51**) hergestellt

¹ Teile dieses Kapitels wurden bereits veröffentlicht: "A new approach to silicon rhodamines by Suzuki– Miyaura coupling – scope and limitations", T. Kanagasundaram, A. Timmermann, C. S. Kramer, K. Kopka, *Beilstein J. Org. Chem.* **2019**, *15*, 2569–2576.

werden (Schema 8c).^[191-192] In beiden Synthesen wurden als Transmetallierungsreagenzien der Suzuki-Miyaura-Reaktionen Arylboroxine genutzt, welche wiederum aus Arylboronsäuren durch dreifache Kondensation synthetisiert wurden (Schema 8a).



Schema 8: Überblick über die literaturbekannten Möglichkeiten der Palladium-katalysierten Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen zur Darstellung von (Si-)Rhodaminen. a) Herstellung der Boroxine durch Hitzebehandlung von Arylboronsäuren. b) Herstellung von verschiedenen Rhodaminen nach Detty *et al.*^[190] c) Herstellung von Si-Rhodaminen nach Umezawa und Urano *et al.*^[191-192]

Im Rahmen dieses Teilprojekts wurden die literaturbekannten Vorschriften aus Schema 8b/c zu Hilfe genommen, um eine Optimierung der Palladium-katalysierten Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungen für Si-Rhodamine vorzunehmen. Dabei lag der Fokus vor allem auf der Erhöhung der chemischen Ausbeute, der Minimierung der Syntheseschritte und zusätzlich dem Zugang zu biokonjugierbaren Si-Rhodaminen. Neben literaturbekannten Vorschriften beruhen die Vorarbeiten auch auf Abschlussarbeiten von A. Timmermann und C. S. Kramer.^[195-198]

Um die Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen zur Synthese von Si-Rhodaminen zu optimieren, wurden zunächst unterschiedliche Bedingungen zur Darstellung eines einfachen phenylsubsituierten Si-Rhodamins **57** untersucht. Als erstes wurden zur Synthese der Si-Rhodamine die Edukte hergestellt (Schema 9a).

a) Verschiedene auf Bor-basierende Transmetallierungsreagenzien für Suzuki-Miyaura Kreuzkupplungen



c) Palladium-katalysierte Suzuki-Miyaura Kreuzkupplungen zur Herstellung des Si-Rhodamins 58



Schema 9: Palladium-katalysierte Synthese von Si-Rhodaminen. a) Synthese des Boroxins 52b Phenylboronsäure ausgehend von (52a) und weiteren auf Bor-basierenden Transmetallierungsreagenzien wie Phenylboronsäurepinakolester (53) und Kalium-Phenyltrifluoroborat (54). b) Mehrstufige Synthese des Si-Xanthons 48. c) Allgemeine Bedingungen zur Darstellung des Si-Rhodamins 58 über eine Palladium-katalysierte Kreuzkupplungsreaktion. Chemische Strukturformel des Comins Reagenz 59.

Die Herstellung des Boroxins **52b** wurde durch die dreifache Kondensation der Phenylboronsäure **52a** bei 110 °C erreicht. Das entstandene Boroxin **52b** wurde ohne weitere Reinigung in den nachfolgenden Palladium-katalysierten Kreuzkupplungsreaktionen eingesetzt. Die Nutzung des Boroxins wird im Gegensatz zur freien Boronsäure bevorzugt, da

Boroxine die Generierung des Triflats **57**, welches für die Suzuki-Miyaura-Reaktion benötigt wird, erleichtern.^[190] Außerdem sind Boroxine im Gegensatz zu den freien Boronsäuren meist stabiler.^[199] Zusätzlich wurden für die Suzuki-Miyaura-Reaktionen die kommerziell erhältlichen Borverbindungen Phenylboronsäurepinakolester (**53**) und Kalium-Phenyltrifluoroborat (**54**) als alternative Transmetallierungsreagenzien verwendet.

Die Herstellung des Si-Xanthons **48** erfolgte in einer dreistufigen Synthese. Hierzu wurde im ersten Schritt in einer Blanc-Reaktion nach Lukinavičius *et al.* das 3-Bromo-*N*,*N*-dimethylanilin (**55**) mit Formaldehyd in Eisessig mit einer Reaktionsdauer von eineinhalb Stunden bei 60 °C zum entsprechenden 4,4'-Methylenbis(3-bromo-*N*,*N*-dimethylanilin) (**56**) umgesetzt.^[153, 200] Dabei konnte das Dibromid **56** nach säulenchromatographischer Reinigung (*n*-Hexan/Ethylacetat 95:5 auf Kieselgel) mit einer chemischen Ausbeute von 66% als farbloser Feststoff erhalten werden.^[195]

Anschließend wurde das Si-Xanthon **48** in einer zweistufigen Eintopfreaktion nach hausinternen Daten und auf Grundlagen der Vorschrift von Bertozzi *et al.* hergestellt (Schema 9b).^[195-197, 201] Demnach wurde nach einer doppelten Lithium-Halogen-Austauschreaktion mit den Bromatomen die Silylgruppe eingeführt und nach anschließender Oxidation mit Kaliumpermanganat das Si-Xanthon **48** synthetisiert. Der gelbe Feststoff wurde nach säulenchromatographischer Reinigung (*n*-Hexan/Ethylacetat 95:5 zu 60:40 auf Kieselgel) mit einer chemischen Ausbeute von 52% erhalten. Diese Synthese wurde in einem Multigrammmaßstab bis zu einer Menge von 1.50 g durchgeführt. Das Si-Xanthon **48** dient als allgemeiner Baustein für die künftigen Darstellungen von Si-Rhodaminen in dieser Arbeit. Im nächsten Schritt wurde die Synthese der Si-Rhodamine vorgenommen (Schema 9c). Im ersten Teilschritt der Suzuki-Miyaura-Reaktion wurde das Si-Xanthon **48** in das entsprechende Triflat **57** überführt. Anschließend fand die Palladium-katalysierte Kreuzkupplungsreaktion zum Si-Rhodamin **58** statt. In Tabelle 4 sind die Ergebnisse dieser Optimierungsreaktionen dargestellt. Das Si-Rhodamin **58** wurde mittels ¹H/¹³C-NMR und HR-ESI-MS (positiver Modus) charakterisiert.

Mithilfe der literaturbekannten Bedingungen von Detty *et al.* konnte das Si-Rhodamin **58** hergestellt werden.^[190] Demnach wurde das Si-Xanthon **48** bei Raumtemperatur mit 1.1 Äquivalenten Triflierungsreagenz Tf₂O (Trifluormethansulfonsäureanhydrid) in trockenem Acetonitril zum dunkelblauen Triflat **57** umgesetzt. Ohne weitere Reinigung von **57** erfolgte nach 20 Minuten die Suzuki-Miyaura-Reaktion zur Synthese von **58** mit PdCl₂(PPh₃)₂ (10 Mol%) als Katalysator und drei Äquivalenten Natriumcarbonat als Base über Nacht (ü. N.) bei 70 °C (Tabelle 4, Eintrag: 1).

Tabelle 4: Überblick der Optimierung zur Synthese des Si-Rhodamins **58** unter Einsatz verschiedenerBedingungen zur Triflierung, Pd-Katalysatoren, unterschiedlichen Bor-Verbindungen undReaktionsbedingungen und Resultate der Reaktion unter Angabe der chemischen Ausbeute.

Eintrag	Triflierung	Palladium-katalysierte Kreuzkupplung			Ausbeute von 58
		Pd- Katalysator (10 mol%)	Bor- Verbindung (1 Äq.)	Bedingungen	
1	1.1 Äq. Tf₂O, MeCN, RT, 20 min	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	52b	3 Äq. Na₂CO₃, MeCN, 70 °C, ü. N.	41% ^a
2	1 Âq. Comins Reagenz, MeCN, RT, 1 h	-	-	-	-
3	1.1 Äq. Tf₂O, DCM, RT, 20 min,	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	52b	3 Äq. Na₂CO₃, MeCN, 70 °C, ü. N.	49% ^a , 80% ^{a,b}
4	Entfernung des Lösungsmittels	Pd(PPh ₃) ₄	52b	3 Äq. Na₂CO₃, MeCN, 70 °C, ü. N.	39%ª, 82% ^{a,b}
5		PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	52b	3 Äq. Cs₂CO₃, MeCN, 70 °C, ü. N.	k. U.
6		PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	53	3 Äq. Na₂CO₃, MeCN, 70 °C, ü. N.	k. U.
7		PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	54	3 Äq. Na₂CO₃, MeCN, 70 °C, ü. N.	48%ª
8		PdCl ₂ (dppf)	52b	3 Äq. Na₂CO₃, MeCN, 70 °C, ü. N.	67%, 73% ^b

^aKorrigierte chemische Ausbeute, unter Berücksichtigung der Verunreinigung [PPh₄]⁺. ^bChemische Ausbeute basierend auf säulenchromatographisch aufgereinigtes und reisoliertes Si-Xanthon **48**. ü.N.: über Nacht, k:U.: keine Umsetzung.

Dabei konnte **58** nach säulenchromatographischer Reinigung (Dichlormethan/Methanol 99:1 zu 90:10 auf Kieselgel) mit einer Ausbeute von 44% synthetisiert werden. Es ist wichtig zu erwähnen, dass unter diesen Bedingungen das Tetraphenylphosphoniumchlorid (PPh₄Cl), möglicherweise vom Katalysator PdCl₂(PPh₃)₂, als Verunreinigung gebildet und im ¹H-NMR und im HR-ESI-MS (positiver Modus) als Tetraphenylphosphonium-Kation nachgewiesen wurde. Diese Verunreinigung konnte nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/Methanol 99:1 zu 90:10 auf Kieselgel) nicht vom Si-Rhodamin **58** abgetrennt werden. Daher musste bei der Berechnung der chemischen Ausbeute das ¹H-NMR-Spektrum zu Hilfe genommen und der Anteil des PPh₄Cl berücksichtigt und von der Gesamtausbeute entsprechend abgezogen werden. Um eine hohe chemische Reinheit dieser Verbindung zu gewährleisten, müsste diese Mischung aus Si-Rhodamin **58** und Tetraphenylphosphonium-Verunreinigung mittels zusätzlicher HPLC-Aufreinigung isoliert werden.

Zudem wurde festgestellt, dass die Triflierung des Si-Xanthons **48** zum Triflat **57** nur unvollständig stattfand. Aus diesem Grund wurde das sogenannte Comins Reagenz **59** verwendet, welches eine alternative Variante zur Triflierung darstellt (Eintrag: 2).^[202] Jedoch konnte mit diesem Reagenz keine Umsetzung vom gelben Si-Xanthon **48** zum dunkelblauen Triflat **57** festgestellt werden, sodass kein entsprechendes Si-Rhodamin **58** erhalten werden konnte.

Die Verwendung von DCM anstatt von Acetonitril für die Triflierung und die anschließende Entfernung des DCM, unter Hochvakuum, führte zu höheren Umsetzungen des Triflats **57** und stellt somit eine ideale Variante zur Triflierung des Si-Xanthons **48** dar (Eintrag: 3). So konnte die chemische Ausbeute nach säulenchromatographischer Reinigung auf 49% erhöht werden. Die Reisolierung des Si-Xanthons **48**, während der säulenchromatographischen Reinigung (Dichlormethan/Methanol 99:1 zu 90:10 auf Kieselgel), führte sogar zu einer chemischen Ausbeute von 80% an **58**.

Um die Effizienz der Palladium-katalysierten Kreuzkupplungsreaktion zu erhöhen, wurde der Palladium(0)-Katalysator Pd(PPh₃)₄ verwendet und der Triflierungsschritt mit DCM beibehalten (Eintrag: 4). Im Vergleich zu den vorherigen Bedingungen (Eintrag: 3) konnten keine besseren Umsetzungen, sondern nur ähnliche chemische Ausbeuten für das Si-Rhodamin **48** erhalten werden (82% nach Reisolierung des Si-Xanthons **48**). Zudem wurde dieselbe Verunreinigung PPh₄Cl festgestellt. Trotz dieser Beobachtung zeigt der Einsatz des Katalysators Pd(PPh₃)₄ höhere chemische Ausbeuten als in den Arbeiten, welche von Detty *et al.* für die Rhodamine beschrieben wurden.^[190]

Die Verwendung einer stärkeren Base wie Cäsiumcarbonat statt Natriumcarbonat und die daraus resultierende erhöhte Basizität, durch Ausnutzung des einhergehenden "Cäsium-Effekts", in Acetonitril führte zu keiner erfolgreichen Umsetzung zum gewünschten Produkt (Eintrag: 5).^[203]

Während die Nutzung des Kalium-Phenyltrifluoroborats (**54**) unter den optimierten Bedingungen als alternatives Transmetallierungsreagenz zu einer Ausbeute von 48% führte und somit ähnliche Umsetzungen wie die entsprechenden Boroxine lieferte (Eintrag: 7), konnte keine Umsetzung des Phenylboronsäurepinakolesters (**53**) festgestellt werden (Eintrag: 6).

Um die Bildung des Tetraphenylphosphonium-Kations zu vermeiden, wurde der Palladium(II)-Katalysator mit bidentatem Liganden PdCl₂(dppf) (1,1'-Bis-(diphenylphosphino)-ferrocen]dichloro-Palladium(II)) verwendet (Eintrag: 8). Letzten Endes konnte dadurch Si-Rhodamin **58** erfolgreich mit einer Ausbeute von 67% bzw. nach Reisolierung des Si-Xanthons **48** mit einer Ausbeute von 73% synthetisiert werden (Eintrag: 8). Durch den Einsatz eines bidentaten Liganden für den Palladium(II)-Komplex blieb die Bildung der Verunreinigung des Tetraphenylphosphonium-Kations erwartungsgemäß aus, sodass zusätzlich eine hohe chemische Reinheit von **48** erreicht wurde. Ein weiterer Vorteil der Verwendung des bidentaten Katalysators ist die hohe chemische Ausbeute, welche auf den zweizähnigen Liganden dppf und des damit resultierenden hohen Bisswinkels zwischen dem Palladium(II)-Komplex und dem Liganden zurückzuführen ist. Der erhöhte Bisswinkel zwischen den Phosphin-Liganden und dem Palladium(II) führt zu einem niedrigen Winkel zwischen dem Xanthen-Gerüst und der Arylverbindung, sodass die reduktive Eliminierung im Katalysezyklus begünstigt wird.^[199, 204]

Zusammenfassend konnten die besten Ergebnisse der Palladium-katalysierten Kreuzkupplungsreaktionen mit dem Triflierungsreagenz Tf₂O in DCM, der anschließenden Entfernung des DCMs und der Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplung in Acetonitril mit dem Katalysator PdCl₂(dppf) mit dem bidentatem Liganden (dppf) erhalten werden.

Im nächsten Schritt wurde versucht, diverse Arylboronsäuren in Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen zu den entsprechenden Si-Rhodaminen umzusetzen. Dabei wurden kommerziell erhältliche Boronsäuren mit verschiedenen Funktionalitäten ausgewählt, um die Grenzen der optimierten Synthesemethode zu untersuchen. Beispielsweise wurden Arylboronsäuren mit elektronenziehenden Gruppen wie eine Aldehydfunktion oder auch geschützte und ungeschützte Carbonsäurefunktionen genutzt. Ein Aldehyd-funktionalisiertes Si-Rhodamin ist von Vorteil, da es nach konventionellen Methoden zu einem Carbonsäurefunktionalisiertem Si-Rhodamin oxidiert werden kann.^[205] Carbonsäure-funktionalisierte Si-Rhodamine eignen sich wiederum besonders für die Biokonjugation von biologischen Targets wie beispielsweise kleinmolekularen Tumorvektoren oder auch Antikörpern, da diese nach Aktivierung mit primären Aminen zu den entsprechenden Carbonsäureamiden umgesetzt werden können.^[206] Des Weiteren wurden elektronenschiebende Gruppen wie eine Aminogruppen-funktionalisierte Arylboronsäure 65 und der entsprechende 3-Aminophenylboronsäurepinakolester (68) untersucht. Außerdem wurde auch die Eignung von elektronenarmen Heterozyklen wie die Pyridyl- und Thienyl-funktionalisierten Boronsäuren 66 und 67 in Suzuki-Miyaura-Reaktionen getestet (Schema 10).

Analog zu den vorherigen Reaktionen wurden zunächst die kommerziell erhältlichen Arylboronsäuren **60a–67a** in die entsprechenden Boroxine **60b–67b** umgewandelt, indem die entsprechenden Boronsäuren für sechs Stunden bei 120 °C unter leichtem Vakuum erhitzt wurden (Schema 10a). Anschließend wurden die Arylboroxine, ohne weitere Aufreinigung, für die Palladium-katalysierten Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen genutzt. Ähnlich zu den vorherigen Kupplungsreaktionen wurde die Triflierung des Si-Xanthons **48** mit Tf₂O in DCM bei Raumtemperatur und anschließender Entfernung des Lösungsmittels im Vakuum durchgeführt.

a) Transmetallierungsreagenzien





Schema 10: Palladium-katalysierte Synthese von unterschiedlich funktionalisierten Si-Rhodaminen.
a) Synthese der Boroxine 60b–67b durch unterschiedliche kommerziell erhältliche Arylboronsäuren 60a–67a und das 3-Amino-phenylboronsäurepinakolester 68 als weiteres Transmetallierungsreagenz.
b) Bedingungen zur Darstellung der unterschiedlichen Si-Rhodamine durch Palladium-katalysierte Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen.

Ebenfalls wurden für die Suzuki-Miyaura-Kupplungsreaktionen die Katalysatoren PdCl₂(dppf) oder auch PdCl₂(PPh₃)₂ (10 mol%) und die Base Natriumcarbonat (drei Äquivalente) genutzt und die Reaktionen in wasserfreiem Acetonitril, unter Schutzgasatmosphäre, durchgeführt (Schema 10b). In der nachfolgenden Tabelle 5 sind die Resultate der Palladium-katalysierten Kreuzkupplungsreaktionen ausgehend der unterschiedlichen Arylboroxinen gezeigt. Analog zur vorangegangenen Synthese von **58** wurden bei den nachfolgenden Synthesen der Si-Rhodamine auf Phosphoniumsalz-basierende Verunreinigungen der allgemeinen Struktur **69** geprüft und bei der Berechnung der chemischen Ausbeuten berücksichtigt.

Tabelle 5: Überblick der Optimierung zur Synthese diverser Si-Rhodamine **60c–67c** unter Einsatz verschiedener Bor-Verbindungen und Pd-Katalysatoren Reaktionsbedingungen und der Ausgang der Reaktion unter Angabe der chemischen Ausbeute.

Eintrag	Borverbindung	Pd-Katalysator (10 mol%)	Ausbeute
1	60b	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	k. U.
2	61b	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	5%ª,
			46% ^{a,b}
			(61c)
3	61b	PdCl ₂ (dppf)	31%,
			56% ^b
			(61c)
4	62b	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	43% ^a ,
			62% ^{a,b}
			(62c)
5	62b	PdCl ₂ (dppf)	53%,
			66% ^b
			(62c)
6	63b	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	k. U.
7	64b	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	k. U.
8	65b	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	k. U.
9	66b	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	k. U.
10	67b	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	37% ^a ,
			56% ^{a,b}
			(67c)
11	67b	PdCl ₂ (dppf)	91%
			(67c)
12	68	PdCl ₂ (PPh ₃) ₂	k. U.

^aKorrigierte chemische Ausbeute unter Berücksichtigung der Verunreinigung [PPh₃Ar]⁺, ^bChemische Ausbeute basierend auf säulenchromatographisch aufgereinigtes und reisoliertes Si-Xanthon **48**.

Das Aldehyd-funktionalisierte Boroxin **60b** wurde, unter den genannten Bedingungen, in der Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktion nicht umgesetzt, sodass das Kupplungsprodukt **60c** nicht erhalten werden konnte (Tabelle 5, Eintrag: 1).

Dagegen konnte das ungeschützte Carbonsäure-funktionalisierte Boroxin **61b** sowohl mit dem Katalysator PdCl₂(PPh₃)₂ als auch mit PdCl₂(dppf) synthetisiert werden. Dabei betrugen die chemischen Ausbeuten nach Berücksichtigung des nicht-umgesetzten und reisolierten Si-Xanthons **48** zwischen 46% (Eintrag: 2) und 56% (Eintrag: 3). Hierbei ist zu beachten, dass in der Synthese des Si-Rhodamins **62b** durch den Katalysator PdCl₂(PPh₃)₂ das Kation (3-Carboxyphenyl)-Triphenylphosphonium-Ion als Verunreinigung entstanden ist (Eintrag 2). Dagegen wurde nach Verwendung des bidentaten Katalysators PdCl₂(dppf) kein Nebenprodukt festgestellt. Folglich führt, wie bereits festgestellt, die Nutzung des bidentaten Katalysators PdCl₂(dppf) im Vergleich zum PdCl₂(PPh₃)₂-Katalysator zu einer höheren chemischen Reinheit und Ausbeute ohne die Bildung weiterer Nebenprodukte.

Ein möglicher Grund der moderaten Ausbeuten dieser Suzuki-Miyaura-Reaktionen ist wahrscheinlich die Verwendung des Boroxins **63b**, welches die ungeschützte Carbonsäure

enthält. Die freie Carbonsäure der Arylverbindung kann in saurer Umgebung die Bildung des Triflats **57** hemmen, indem **57** durch Protonierung zu **70** umgesetzt wird und somit nicht mehr im oxidativen Additionsschritt des Katalysezyklus mitwirken kann (Schema 11). Die protonierte Spezies **70** kann wiederum zum Si-Xanthon **48** zurückreagieren und somit zu einer Verminderung der chemischen Ausbeuten führen. Um die Desaktivierung des Triflats **57** zu verhindern, wurde eine geschützte Carbonsäure-funktionalisierte Boronsäure **62a** verwendet und zu dem Boroxin **62b** umgesetzt.



Schema 11: Triflierung des Si-Xanthons **48** mit Tf₂O und die Desaktivierung des Triflats **57** durch Protonierung. Das protonierte Xanthen **70** unterliegt einem chemischen Gleichgewicht zwischen dem Si-Xanthon **48** und **70**.

Interessanterweise zeigt die Verwendung des entsprechenden *tert*-Butylgruppen-geschützten Boroxins **62b** ähnliche chemische Ausbeuten in der Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktion wie das ungeschützte Carbonsäure-funktionalisierte Boroxin **61b** (Einträge 4: 62% und 5: 66%). Dementsprechend zeigen beide Katalysatoren eine ähnliche Effizienz, da die chemischen Ausbeuten für beide Reaktionen nahe beieinander liegen. Erwartungsgemäß lässt sich an den Umsetzungen des geschützten Boroxins erkennen, dass die Bildung des Triflats **57** effektiver stattfindet als vom ungeschützten Boroxin **61b**. Dies wird durch Vergleich der chemischen Ausbeuten ohne Berücksichtigung der Reisolierung des Si-Xanthons **48** deutlich (Einträge 2: 5% und 3: 31% versus 4: 43% und 5: 53%).

Die Verwendung des in Position 2 befindlichen und somit *ortho*-substituierten und freien Carbonsäure-funktionalisierten Boroxins **63b** und des geschützten Methylesters **64b** führte zu keiner Umsetzung zu den entsprechenden Si-Rhodaminen (Einträge 6 und 7). Dies ist

möglicherweise auf sterische Hinderungen der *ortho*-substituierten Boroxine im Transmetallierungsschritt aus dem Katalysezyklus zurückzuführen. Die Problematik von *ortho*-substituierten und sterisch gehinderten Arylboronsäuren im Transmetallierungsschritt von Palladium-katalysierten Kreuzkupplungsreaktionen wurde bereits in unterschiedlichen Veröffentlichungen beschrieben.^[207-208]

Die Synthese von Aminogruppen-funktionalisierten Si-Rhodaminen sind ebenfalls wichtig, da diese in einem einfachen Syntheseschritt zum entsprechenden Azid umgesetzt werden können oder auch mit aktivierten Säuregruppen (beispielsweise mit -NHS, -PFP oder -PNPbiologische Targetvektoren geknüpft werden können.^[209-210] Estern) wichtige an Azid-funktionalisierte Si-Rhodamine eignen sich vor allem für die bioorthogonale Kupferkatalysierte Azid-Alkin Cycloadditionsreaktionen (CuAAC: copper(I)-catalyzed azide-alkyne cycloaddition).^[211] Jedoch führte die Aminogruppen-funktionalisierte Phenylboronsäure 65a und das entsprechende Boroxin 65b zu keiner erfolgreichen Umsetzung zum Si-Rhodamin. Dies ist möglicherweise auf das Boroxin 65b zurückzuführen, da sich dieses bei einer Temperatur von 110 °C möglicherweise zersetzt. Aus diesem Grund wurde alternativ der Amin-funktionalisierte 3-Aminophenylboronsäurepinakolester (68) für die Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktion genutzt. Überraschenderweise konnte jedoch auch diese elektronenreiche Verbindung nicht zum Si-Rhodamin 65c umgesetzt werden (Eintrag: 12).

Des Weiteren wurde der Einsatz von Heteroaromaten in Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen untersucht. Während ein elektronenarmes Pyridinfunktionalisiertes Boroxin 66b keine Umsetzungen zeigte (Eintrag: 9) konnte das Thienylfunktionalisierte Si-Rhodamin 67c mit einer Ausbeute von 56% unter Berücksichtigung der entsprechenden Verunreinigung des Thienyltriphenylphosphonium-Kations und nach Reisolierung des Si-Xanthons 48 synthetisiert werden (Eintrag: 10). Aus der Literatur ist bekannt, dass besonders elektronenarme aromatische Verbindungen wie auf Pyridin basierende Boronsäuren langsame Umsetzungsraten im Transmetallierungsschritt besitzen. Zudem wird vermutet, dass solche Boronsäuren einem Protodeborylierungsschritt unterliegen, sodass diese Verbindungen für die anstehende Palladium-katalysierte Kreuzkupplungsreaktion desaktiviert und nicht mehr umgesetzt werden können.^[212-214]

Wie in den vorherigen erfolgreichen Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen, konnte das literaturunbekannte Si-Rhodamin **67c** lediglich mit dem Katalysator PdCl₂(dppf) analysenrein und mit der höchsten chemischen Ausbeute von 91% synthetisiert werden (Eintrag: 11).

Zusammenfassend wird deutlich, dass die Synthese der Si-Rhodamine durch Nutzung verschiedener Boroxine **60b–67b** und Katalysatoren in Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen realisierbar ist. Besonders die Synthese der biologisch interessanten Si-Rhodaminen **61c** und **62c** kann genutzt werden, um biologische Targetvektoren an das Si-Rhodamin zu knüpfen und mit diesen dann schließlich selektive Anreicherungen in Tumoren zu erreichen.

Im nächsten Schritt wurden die literaturbekannten Synthesemethoden aus Schema **6** genutzt, um einen Vergleich der bisherigen Synthesemethoden zur Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktion zu ziehen und diese hinsichtlich ihrer Effizienz und Leistung zu bewerten. So wurden die Si-Rhodamine **58**, **62c** und **67c** nach literaturbekannten Vorschriften synthetisiert und mit den Ergebnissen der Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen verglichen.^[150, 153] In Schema 12 ist die Darstellung ausgewählter Si-Rhodamine veranschaulicht.



b) Synthese des Si-Rhodamins 58 nach Lavis et al.





In Tabelle 6 ist die zu Schema 12 zugehörige Übersicht über die verschiedenen Methoden zur Darstellung von Si-Rhodaminen mit den erzielten chemischen Ausbeuten gezeigt.

	Vergleich der Methoden zur Synthese der Si-Rhodamine				
Si-Rhodamin	Synthese nach Johnsson	Synthese nach Lavis	Suzuki-Miyaura-		
	<i>et al.</i> ^[153]	<i>et al.</i> ^[150]	Kreuzkupplung		
SiR 58	72%	66%	67% ^a		
SiR 62c	7%	-	53%ª		
SiR 67c	77%	-	91%		

Tabelle 6: Übersicht über die verschiedenen Herstellungsmethoden der Si-Rhodamine und der darauserzielten chemischen Ausbeuten.

^aChemische Ausbeuten sind ohne Berücksichtigung der reisolierten Menge des Si-Xanthons **48** angegeben.

Aus Tabelle 6 wird ersichtlich, dass das Si-Rhodamin 58 nach den Methoden von Johnsson und Lavis et al. mit chemischen Ausbeuten zwischen 72% und 66% hergestellt werden konnte. Diese Ausbeuten sind vergleichbar mit den Umsetzungen der Suzuki-Miyaura-Während Carbonsäure-funktionalisierte Kreuzkupplungsreaktion (67%). das Si-Rhodamin 62c lediglich mit einer Ausbeute von 7% durch Nutzung der literaturbekannten Methode hergestellt werden konnte, wurde das biokonjugierbare Si-Rhodamin 62c nach Optimierung der Suzuki-Miyaura-Reaktion mit einer Ausbeute von 53% hergestellt. Zudem wurde in der Suzuki-Miyaura-Reaktion die höchste chemische Ausbeute für das Si-Rhodamin 67c mit 91% erhalten. Dieser Wert liegt somit höher, als die herkömmliche nach Johnsson al., welche einem nukleophilen Variante et Additionsund Eliminierungsreaktionmechanismus unterliegt. Diese Beispiele zeigen, dass durch die Palladium-katalysierten Suzuki-Miyaura-Reaktionen hohe chemische Ausbeuten aber auch nach säulenchromatographischer Reinigung eine akzeptable chemische Reinheit möglich ist und zur Si-Rhodamin Synthese keine weiteren aufwendigen Aufreinigungsschritte mittels HPLC notwendig sind. So können biologisch relevante Si-Rhodamine wie 62c möglichst effizient hergestellt werden. Jedoch muss erwähnt werden, dass sterische Effekte in orthosubstituierten Arylboronsäuren möglicherweise den Transmetallierungsschritt nachteilig beeinflussen, sodass ortho-subsituierte Si-Rhodamine eher anhand der alternativen Synthesemethoden nach Lavis und Johnsson et al. hergestellt werden sollten.

3.2 Die Synthese von Technetium-99m markierten Si-Rhodaminen für die SPECT/OI-Bildgebung

In diesem Teilprojekt lag der Fokus auf der Markierung von Si-Rhodaminen mit dem klinisch relevanten Radionuklid Technetium-99m, um einen Radiotracer für die bimodale SPECT/OI-

Bildgebung zu entwickeln.² Die Ergebnisse beruhen auf eigener Vorarbeit im Rahmen der Masterthesis, in welcher ein verwandtes Si-Rhodamin zur Markierung mit Technetium-99m vorbereitet wurde. Hierzu wurden Versuchsvorschriften als Grundlage zur Bearbeitung dieses Projekts genutzt.^[195] Als Ziel soll der neue SPECT/OI-Radiotracer in der Planung und Durchführung der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie zur Resektion von unterschiedlichen Tumoren angewendet werden.

Technetium-99m wird, wie in Kapitel **1.4.3** dargestellt, als SPECT-Nuklid für die Diagnostik eingesetzt und ist aufgrund seiner einfachen und preiswerten Verfügbarkeit das am meisten genutzte Radionuklid in der Nuklearmedizin.^[215] Anhand von Technetium-99m basierenden Radiotracern können u.a. wichtige onkologische Fragestellungen in der Brustkrebsdiagnostik beantwortet oder auch nach einem Herzinfarkt Durchblutungsstörungen sichtbar gemacht werden.^[216]

Außerdem wird eine Kombination aus nanokolloidem Technetium-99m und dem Farbstoff Patentblau V genutzt, um befallene Wächterlymphknoten in unmittelbarer Nähe zum Tumorgewebe sichtbar zu mithilfe optisch machen und von chirurgischen Operationstechniken zu entfernen. Hierfür wird kolloidales Technetium-99m mit dem blauen Farbstoff vermischt und in die Nähe der Lymphknoten im Patienten injiziert, sodass sich dieser in den benachbarten Wächterlymphknoten anreichert. Nach erfolgreicher Sichtbarmachung der Wächterlymphknoten können diese operativ resektiert werden.^[217-218] Der in diesem Teilprojekt entwickelte Radiotracer könnte ebenfalls für die Lymphszintigrafie genutzt werden. Im Rahmen dieser Arbeit wurde das Technetium-99m in der Oxidationsstufe +1 mit einem geeigneten Liganden gebunden und direkt am Si-Rhodamin-Grundgerüst positioniert. Demnach wurde das Technetium(I)-Kation nach dem bekannten "click-to-chelate"-Konzept von Mindt et al. unter Zuhilfenahme der von Sharpless et al. entwickelten Click-Reaktion, an einem tridentaten N,N,O-Donor gebunden.^[219-222] In der Vergangenheit wurden nur wenige Fluorophore mit Technetium-99m markiert und von den existierenden Farbstoff-basierten Radiotracern wurden noch keine niedermolekularen NIR-Farbstoffe, welche an Technetium-99m komplexiert sind, publiziert.^[223-229] Wichtig ist es folglich den fluoreszenten Radiotracer zu synthetisieren, analytisch vollständig zu charakterisieren und die Stabilität des Technetium(I)-Komplexes in vitro zu untersuchen, um die Verwendbarkeit des neuen SPECT/OI-Radiotracers zu evaluieren. Dabei ist es auch wichtig, dass der Technetium-Radiotracer mit den für klinische Anwendungen genutzten und handelsüblichen Synthesekits "IsoLink™" (Mallinckrodt Medical) konform ist und somit hergestellt werden kann, um eine

² Teile dieses Kapitels wurden bereits veröffentlicht: "Rhenium and technetium-complexed silicon rhodamines as near-infrared imaging probes for bimodal SPECT- and optical imaging", T. Kanagasundaram, C. S. Kramer, E. Boros, K. Kopka, T. Kanagasundaram, C. S. Kramer, E. Boros, K. Kopka, *Dalton Trans.* **2020**, *49*, 7294–7298.

effiziente Herstellung des Radiotracers für künftige klinische Zwecke zu gewährleisten.^[230] Letztendlich dient der Komplex als Grundlage für die Weiterentwicklung biokonjugierbarer SPECT-kompatibler Si-Rhodamine, welche an geeigneten Targetvektoren geknüpft werden können.

Da alle Isotope des Technetiums radioaktiv sind und das Radionuklid für Patientenanwendungen maximal nur im Mikrogramm-Maßstab verabreicht werden kann, ist sowohl für die chemische Charakterisierung der bimodalen Radiotracer (NMR, UV-Vis-NIR, IR und HR-MS) als auch für den künftigen klinischen Einsatz in der optischen Bildgebung und in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie zur Tumorresektion, eine nicht-radioaktive Referenzsubstanz notwendig.^[41] In diesem Fall wurde Rhenium als nicht-radioaktive Referenz für Technetium ausgewählt, da Rhenium(I) als Low-Spin-Komplex mit einer d⁶-Elektronenkonfiguration ähnliche chemische Eigenschaften wie Technetium(I) aufweist.^{[230-} ^{231]} Außerdem befinden sich die Metalle Rhenium und Technetium in der selben siebten Nebengruppe und besitzen, aufgrund der Lanthanoiden-Kontraktion, ähnliche Ionenradien. Des Weiteren weisen Technetium(I)und Rhenium(I)-Komplexe eine ähnliche Koordinationschemie auf und besonders die Tricarbonylkomplexe [Re(CO)₃(H₂O)₃]⁺ und [Tc(CO)₃(H₂O)₃]⁺ besitzen nahezu isostrukturelle Komplexgeometrien. Aus diesen Gründen eignen sich Rhenium(I)-Komplexe als nicht-radioaktive Analoga von Technetium(I)-Komplexen.^[230-231]

Neben hohen (radio)chemischen Ausbeuten und kurzen Reaktionssequenzen wurde das Ziel verfolgt, die erhaltenen NIR-absorbierenden und emittierenden Si-Rhodamine hinsichtlich ihrer optischen Eigenschaften zu charakterisieren, da optische Größen wie der molare Absorptionskoeffizient, die Quantenausbeute und die Photostabilitäten im wässrigen Medium für den künftigen Einsatz in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie ausschlaggebend sind. So muss auch untersucht werden, ob der Rhenium(I) bzw. Technetium(I)-Komplex trotz des großen Abstands zum Si-Rhodamin-Grundgerüst negative Auswirkungen auf die optischen Eigenschaften (z.B. die Reduktion der molaren Absorptionskoeffizienten und der Quantenausbeute) besitzt.

In Schema 13 ist der Syntheseplan des Rhenium(I)- **77** und Technetium(I)-Komplexes **78** veranschaulicht. Neben dem Si-Xanthon **48**, dessen Zweischritt-Synthese bereits im vorangegangenen Kapitel gezeigt wurde, umfasst die Herstellung des Rhenium(I)- und Technetium(I)-Komplexes eine Reaktionssequenz mit fünf Syntheseschritten. Die synthetisierten Si-Rhodamine wurden mittels ¹H-/¹³C-NMR-, UV-Vis-NIR- und IR-Spektroskopie aber auch mittels HR-ESI-MS charakterisiert.

Zur Synthese des chelatisierenden Si-Rhodamins **76** wurde zunächst nach Bertozzi *et al.* ein Amin-funktionalisiertes Si-Rhodamin **73** hergestellt. Ausgehend vom kommerziell erhältlichen

3-Brom-4-methylanilin (**71**) wurden die Aminogruppen für die anstehende nukleophile Additionsreaktion mit dem Si-Xanthon **48** durch Trimethylsilyl(TMS)-Gruppen geschützt.^[200]



Schema 13: Die mehrstufige Reaktionssequenz zur Darstellung des auf Rhenium(I)-basierenden Si-Rhodamins **77** und des Technetium-99m radiomarkierten Si-Rhodamins **78**, ausgehend vom kommerziell erhältlichen 3-Brom-4-methylanilin (**71**).

Die basenstabilen TMS-Gruppen erweisen sich für die Aminogruppen als besonders nützlich, da diese Gruppen durch Zugabe einer Säure, unter milden Bedingungen, abgespalten werden können. Das kommerziell erhältliche 3-Brom-4-methylanilin (**71**) wurde, unter Schlenk-Bedingungen mit der Base Lithiumhexamethyldisilazid (LiHMDS) bei –78 °C deprotoniert und
anschließend bei –78 °C mit Trimethylsilylchlorid (TMSCI) versetzt und noch vier Stunden bei Raumtemperatur gerührt. So wurde das TMS-geschützte Amin **72** erhalten.

Das ¹H-NMR des Rohprodukts **72** ergab eine mono-, di- und trisubstituierte TMS-Schützung im Verhältnis von 7:14:4. Trotz einer Mischung des mono-, di- und trisubstituierten und TMS-geschützten Anilins wurde **72** ohne weitere Reinigung in der nächsten Reaktion eingesetzt.

Für die nukleophile Addition des TMS-geschützen Anilins (sieben Äquivalente) an das Si-Xanthon **48** wurde **72** in einem Lithium-Halogen-Austausch mit *tert*-Butyllithium (14 Äquivalente) –78 °C versetzt. Anschließend wurde das Si-Xanthon **48** bei –78 °C dazugegeben und die Reaktion auf Raumtemperatur erwärmt. Nach anschließender Zugabe von Salzsäure (1 M) wurde die dunkelblaue Reaktionslösung wässrig aufgearbeitet. Nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 88:12 auf Kieselgel) wurde das Amin-funktionalisierte Si-Rhodamin **73** mit einer akzeptablen Ausbeute von 82% synthetisiert. Die ¹H- und ¹³C-NMR-Spektren von **73** zeigen die Abwesenheit der TMS-Gruppen und somit eine erfolgreiche Abspaltung der TMS-Gruppen. Außerdem zeigen die NMR-Spektren eine erfolgreiche Synthese von **73** und die HPLC-chromatographische Analytik eine hohe chemische Reinheit von über 96%.

Im nächsten Schritt wurde die Aminogruppe des Si-Rhodamins **73** zum entsprechenden Azid **74** konvertiert. Dieser Schritt erfolgte nach der herkömmlichen Methode mit Natriumnitrit als Diazotierungsreagenz in einer Mischung aus Essigsäure und Wasser (Verhältnis 3:1) und der anschließenden Umsetzung des in situ entstandenen Diazoniumsalzes mit Natriumazid.^[200] Das Si-Rhodamin **74** konnte nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 99:10 auf Kieselgel) analysenrein mit einer chemischen Ausbeute von 88% im 106 Milligrammmaßstab synthetisiert werden.

Im nächsten Schritt wurde die Kupfer-katalysierte [3+2]-Azid-Alkin Click-Reaktion nach Sharpless *et al.* durchgeführt (CuAAC: engl.: *"copper(I)-catalyzed alkyne-azide cycloaddition"*).^[219-220] Als Alkin wurde das *L*-Propargylglycin-Derivat **75** genutzt, da *L*-Propargylglycin in den nachfolgenden Reaktionen das Rhenium(I)- bzw. das Technetium(I)- Kation komplexieren soll. Es ist bereits bekannt, dass Propargylglycin-Einheiten durch Bildung des entsprechenden 1,4-disubstituierten 1,2,3-Triazols aus der CuAAC-Click Reaktion, Übergangsmetalle wie Rhenium(I)- und Technetium(I) koordinieren können. Das gebildete 1,2,3-Triazol **76** fungiert als tridentater N,N,O-Ligand für die Komplexierung des Rhenium(I) oder Technetium(I).^[221-222, 232]

Um ein solches komplexierungsfähiges Si-Rhodamin **76** herzustellen, wurden verschiedene Bedingungen zur erfolgreichen Umsetzung des Azids **74** mit *L*-Propargylglycin untersucht. In Tabelle 7 sind die Ergebnisse der CuAAC-Cycloadditionen gezeigt.

Tabelle7:ReaktionsbedingungenderCuAACzurUmsetzungdesAzid-funktionalisiertenSi-Rhodamins74 mit *L*-Propargylglycin-Derivaten zum entsprechenden 1,2,3-Triazol-funktionalisiertenSi-Rhodamin 76.

Cu-Katalysator	Solvent	Bedingungen	Alkin	Ausbeute 76
Cu(II)(SO) ₄ .5 H ₂ O (1 Äq)	H ₂ O	RT, 18 h	L-Propargylglycin	k. U.
/Natriumascorbat (4 Aq.)				
Cu(I)(MeCN) ₄ PF ₆	MeOH	RT, 3 d	L-Propargylglycin	18%
(1 Äq)/TBTA (1 Äq.)				
Cu(I)(MeCN) ₄ PF ₆	MeOH	RT, 2 d	Fmoc-	68%
(0.1 Äq)/TBTA (0.1 Äq.)			L-Propargylglycin	

Unter der konventionellen Methode der CuAAC-Reaktion mit dem Katalysatorsystem Cu(II)(SO)_{4.5} H₂O (1 Äquivalente) und dem Reduktionsmittel Natriumascorbat (4 Äquivalente) konnte nach 18 Stunden bei Raumtemperatur keine Bildung des entsprechenden 1,2,3-Triazols mit dem ungeschützten L-Propargylglycin beobachtet werden.^[220] Aus diesem Grund wurden die Bedingungen zur Click-Reaktion von Bertozzi et al. übernommen.^[200, 233] In diesem Fall wurde eine direkte Kupfer(I)-Quelle mit dem Tetrakisacetonitrilkupfer(I)hexafluorophosphat und dem Liganden Tris[(1-benzyl-1H-1,2,3triazol-4-yl)methyl]amin) (TBTA) für die Click-Reaktion verwendet. Mithilfe dieses Katalysatorsystems konnte das 1,4-disubstituierte 1,2,3-Triazol 76 nach zwei Tagen Reaktionszeit erhalten werden. Der Verbrauch des Azids wurde mittels ESI-MS (positiver Modus) verfolgt und die lange Reaktionszeit ist wohl auf den sperrigen Liganden am Kupfer(I)-Komplex zurückzuführen, welcher die Reaktionsgeschwindigkeit reduziert. Das ungeschützte L-Propargylglycin führte zur Bildung des entsprechenden 1,2,3-Triazols 76 mit einer chemischen Ausbeute von lediglich 18%.

Das Amin-geschützte Fmoc-*L*-Propargylglycin wurde mithilfe der Säulenchromatographie (DCM/MeOH 96:4 zu 80:20 auf Kieselgel) aufgereinigt und mit einer chemischen Ausbeute von akzeptablen 87% erhalten. Anschließend wurde die Abspaltung der Fmoc-Gruppe mit dem sekundären Amin Piperidin in DMF durchgeführt. Das Si-Rhodamin **76** wurde nach HPLC-Aufreinigung (10–95% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 32 Minuten, mit 0.1% v/v Trifluoressigsäure (TFA) als Additiv, *System* 1) mit einer akzeptablen chemischen Ausbeute von 68% erhalten. Der Erhalt der geringeren chemischen Ausbeute des 1,2,3-Triazols **76** bei Nutzung des *L*-Propargylglycin ist wohl auf die begrenzte Löslichkeit von *L*-Propargylglycin in Methanol zurückzuführen. Die Untersuchung des 1,2,3-Triazols **76** in der analytischen HPLC zeigt eine hohe chemische Reinheit von über 98%.

Der komplexierfähige tridentate Ligand **76** wurde nun nach einer Vorschrift von Benoit *et al.* mit Pentacarbonylchlororhenium(I) bei 60 °C in Methanol mit DIPEA als Base umgesetzt.^[234] Nach wässriger Aufarbeitung wurde das Rohprodukt mithilfe einer geeigneten Methode mittels HPLC (10–95% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 32 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 1) aufgereinigt, um eine hohe chemische Reinheit zu erzielen. Der Rhenium-Komplex **77** konnte folglich mit einer chemischen Ausbeute von 87% mit Trifluoracetat als Gegenion erhalten werden. Eine hohe chemische Reinheit konnte anhand der analytischen HPLC nachgewiesen werden. HR-MS-Experimente zeigen eindeutig das Molekülion [M]⁺ mit m/z=823.2085 (berechnet: m/z=823.2068) mit dem dazugehörigen Isotopenmuster aufgrund der natürlich vorkommenden Isotope des Rheniums ¹⁸⁵Re und ¹⁸⁷Re.

In Abbildung 7 und Tabelle 8 ist ein Vergleich der ¹H-NMR-Spektren des Liganden **76** und des Rhenium-Komplexes **77** in deuteriertem Methanol und eine Auswahl der charakteristischen chemischen Protonenverschiebungen gezeigt.



Abbildung 7: Chemische Strukturformeln des Liganden **76**, des Rhenium(I)-Komplexes **77** und die Nummerierung charakteristischer Protonen zur Analyse des ¹H-NMR Spektrums (Tabelle 8).

Aus Tabelle 8 wird ersichtlich, dass nach der 1,4-disubstiuierten 1,2,3-Triazolbildung ein zusätzliches Aromatensignal als Singulett entsteht. Dabei ist die chemische Verschiebung bei δ =8.49 ppm charakteristisch für die 1,2,3-Triazol-Einheit von **76** und für den Rhenium-Komplex **77** bei δ =8.63 ppm. Außerdem lässt sich anhand der chemischen Verschiebungen erkennen, dass nach der Komplexierung mit Rhenium(I) die Signale der ausgewählten Protonen in Richtung Tieffeld verschoben werden. Diese Tieffeldverschiebung ist wohl aufgrund des elektronenarmen Charakters des Rhenium(I)-Kations zurückzuführen. Wie erwartet wird, sind in Methanol- d_4 die Amino-Protonen des Liganden **76** aufgrund des schnellen D(Deuterium)-H(Protium)-Austausches nicht sichtbar. Interessant ist jedoch, dass nach der Komplexierung des Liganden **76** mit Rhenium(I) die Protonen an der freien Aminogruppe chemisch nicht mehr äquivalent sind und nun mit einer chemischen Verschiebung bei δ =5.27 ppm und 5.97 ppm erscheinen. Dies deutet auf einen langsameren D-H-Austausch nach Komplexierung mit Rhenium(I) in Methanol- d_4 hin. Diese Beobachtungen wurden auch in verwandten Glycin-1,2,3-Triazol-Einheiten in anderen Rhenium(I)-Komplexen festgestellt.^[222, 235-236]

Proton	Liga	nd 76	Re-Komplex 77		
	δ [ppm]	J [Hz]	δ [ppm]	<i>J</i> [Hz]	
1	4.41	7.3, 5.0	4.14	3.7	
2	3.41	15.8, 5.0	3.46	-	
	3.50	15.8, 7.3			
3	8.49	-	8.63	-	
NH	-	-	5.97	10.8, 5.5	
NH	-	-	5.27	11.3	

Tabelle 8: Die vom Liganden **76** und dem Rhenium(I)-Komplex **77** aus Abbildung 7 markierten Protonen und deren chemische Verschiebungen in deuteriertem Methanol bei Raumtemperatur.

Der Vergleich der Infrarotspektroskopie-Spektren des Liganden **76** und des Rhenium-Komplexes **77** zeigt eindeutig das Auftreten und die Präsenz der CO-Streckschwingung der Carbonylgruppen am Rhenium(I)-Komplex. Aufgrund einer facialen Anordnung des Rhenium(I)-Komplexes **77** gemäß M(*fac*-L)₃(CO)₃ und somit einer C_{3V}-Symmetrie sind zwei Schwingungsbanden der Carbonyl-Gruppen zu erwarten. Diese Streckschwingungen sind im IR-Spektrum bei den Wellenzahlen *u*=1889 cm⁻¹ und 2022 cm⁻¹ eindeutig zu erkennen. Im Vergleich zur freien Kohlenstoffmonoxid-Streckschwingung bei *u*=2143 cm⁻¹ liegen die Werte der CO-Streckschwingungen aufgrund der Besetzung der antibindenden Orbitale und der damit resultierenden schwächeren Bindung zwischen dem Rhenium(I)-Metall und der Carbonylgruppen bei niedrigeren Energien.^[237]

Im nächsten Schritt wurden die optischen Eigenschaften aller hergestellten Si-Rhodamine analysiert (Tabelle 9). Dabei wurden die Farbstoffe in Methanol, PBS (*pH*=7.4) und deionisiertem Wasser mit einem Zusatz von Ethanol (5%) gemessen.

Im Allgemeinen lässt sich erkennen, dass mit Ausnahme vom Amin-funktionalisierten Si-Rhodamin **73** die Si-Rhodamine Strahlung im tiefroten bis NIR-Bereich zwischen 650 nm und 675 nm absorbieren und emittieren (Anregungswellenlänge: 650 nm). Der Einfluss der unterschiedlichen polar protischen Lösungsmittel auf die Absorptions- und Emissionsmaxima ist gering, sodass solvatochromatische Einflüsse möglicherweise einen marginalen Einfluss auf die Absorptions- und Emissionsmaxima haben. Zudem zeigt sich, dass die molaren Absorptionskoeffizienten höhere Werte in Methanol (63.900–156.500 M⁻¹cm⁻¹) als in den wässrigen Lösungen PBS und H₂O/EtOH (5%) (22.100–123.700 M⁻¹cm⁻¹) besitzen. Je höher das Substitutionsmuster am Si-Rhodamin ist, desto geringer ist der molare Absorptionskoeffiziente. Somit hat der Rhenium-Komplex **77** die niedrigsten molaren Absorptionskoeffizienten im Vergleich zu den anderen Farbstoffen (22.100–39.100 M⁻¹cm⁻¹).

Tabelle 9: Die optischen Eigenschaften der synthetisierten Si-Rhodamine in verschiedenen Lösungsmitteln. Die Anregung der Si-Rhodamine fand bei einer Wellenlänge von $\lambda_{Anregung}$ =650 nm statt. Als Referenzfarbstoff diente Tris-(2,2'-bipyridyl)-ruthenium(II)-chlorid [Ru(bpy)₃]Cl₂ in Wasser (ϕ_{F} =0.042).^[238]

SiR	Lösungsmittel	λ _{abs} [nm]	λ_{em} [nm]	$\boldsymbol{\varepsilon}_{\max} [\mathbf{M}^{-1} \mathbf{cm}^{-1}]$	Φ _F
73	MeOH	653	-	91.900	-
	PBS (<i>pH</i> =7.4)	651	-	77.300	-
74	MeOH	651	670	156.500	0.18
	H ₂ O/EtOH (5%)	651	670	123.700	0.10
	PBS (<i>pH</i> =7.4)	651	671	99.000	0.12
76	MeOH	655	672	79.900	0.13
	H ₂ O/EtOH (5%)	653	671	73.890	0.10
	PBS (<i>pH</i> =7.4)	655	672	79.900	0.13
77	MeOH	654	672	63.900	0.14
	H ₂ O/EtOH (5%)	654	674	22.100	0.10
	PBS (<i>pH</i> =7.4)	654	669	39.100	0.09

Ein möglicher Grund für diese Feststellung kann eine kompetitive Reduktion der Absorptionen durch Metall-to-Ligand-Charge-Transfer(MLCT)-Effekten sein. Jedoch wurden keine weiteren Experimente durchgeführt, um diesen Effekt der reduzierten Absorption näher zu beleuchten, da ähnliche Beobachtungen bereits in anderen Veröffentlichungen beschrieben wurden.^[180, 225, 239]

Die Stokes-Verschiebungen der Si-Rhodamine liegen zwischen (15–20 nm) und zeigen somit keine große Abweichung. Dies ist auf eine kleine und somit vernachlässigbare Änderung des Dipolmoments zwischen dem Grund- und dem angeregten Zustand zurückzuführen.

Die durch relative Bestimmungen erhaltenen Quantenausbeuten zeigen Werte zwischen 13– 18% in Methanol und 9–13% in den wässrigen Lösungen (PBS (*pH*=7.4); H₂O/EtOH (5%)).

In Abbildung 8 sind die UV-Vis-NIR-Spektren des Liganden **76** (Abbildung 8a) und des Rhenium-Komplexes **77** (Abbildung 8b) in Wasser/Ethanol (5%) gezeigt. Die Emissionsspektren der beiden Farbstoffe wurde mit einer Anregungswellenlänge von 650 nm gemessen.

Beide Spektren zeigen die für die organischen Farbstoffe typischen spiegelsymmetrischen Absorptions- und Emissionskurven, welche für die Si-Rhodamine charakteristisch sind und stellen zudem auch eine gewisse Äquivalenz zu den Spektren von Si-Rhodaminen dar, welche in der Literatur zu finden sind.^[131-132, 150]

Die Absorptionsspektren der beiden Si-Rhodamine zeigen ein Absorptionsmaximum bei etwa 654 nm und eine maximale Emission bei ungefähr 674 nm. Der Vergleich der Quantenausbeuten in H₂O/EtOH (5%) zeigt überraschenderweise, dass es keinen signifikanten Unterschied zwischen dem Liganden **76** (Φ_{F} =10%) und dem Rhenium-Komplex **77** (Φ_{F} =10%) gibt. Während bereits festgestellt wurde, dass der molare Absorptionskoeffizient vom Rhenium-Komplex **77** eine dramatische Reduktion erfährt (73.890 M⁻¹ cm⁻¹ zu 22.100 M⁻¹ cm⁻¹) hat die Komplexierung wohl keinen negativen Einfluss auf die Quantenausbeute des Si-Rhodamins **77**. Verglichen mit den von der FDA zugelassenen Farbstoffe Protoporphyrin IX (PPIX; Φ_{F} =8% in Wasser) oder dem NIR-Farbstoff Indocyaningrün (ICG; Φ_{F} =9% in Blutserum), welche in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie Anwendung finden, besitzen die beiden Si-Rhodamine ebenfalls eine vergleichsweise hohe Quantenausbeute im wässrigem Medium.^[240-241] Somit sind die synthetisierten Farbstoffe zumindest in diesen Eigenschaften vergleichbar mit den klinisch zugelassen Farbstoffen.

a) UV-Vis-NIR-Spektrum von 76

b) UV-Vis-NIR-Spektrum von 77





c) IVIS-Aufnahme verschiedener Stoffmengen von 77 in PBS/EtOH (5%)

Abbildung 8: UV-Vis-NIR-Spektren des Liganden **76** (a) und des Rhenium(I)-Komplexes (b) in Wasser/Ethanol (5%) bei Raumtemperatur. Die Anregung der Si-Rhodamine fand bei einer Wellenlänge von λ =650 nm statt. c) Eine IVIS-Bildgebungsaufnahme von **77** mit verschiedenen Stoffmengen des Rhenium-Komplexes **77** in PBS/EtOH (5%). Die Proben wurden mit einer Wellenlänge von λ =640 nm angeregt und die resultierende Emission bei einer Wellenlänge von λ =710 nm aufgenommen.

Für künftige *in vitro* und vor allem *in vivo* Experimente ist das Emissionsdetektionslimit des Rhenium-Komplexes **77** ausschlaggebend, um aussagekräftige Emissionssignale für die Fluoreszenz-gestützte Chirurgie zu erhalten und diese zu analysieren.

Ebenfalls sind diese Untersuchungen nötig, um Informationen darüber zu erhalten, wie hoch die zu injizierende (Stoff-)Menge an Farbstoff beispielsweise im Patienten betragen sollte, um in der optischen Bildgebung geeignete Aufnahmen zu erhalten. Aus diesem Grund wurden, mithilfe eines Kleintier-bildgebenden Aufnahmesystems (IVIS[®]: in vivo imaging system; Lumina Series II; Perkin Elmer Inc.), die Mindestmengen an Rhenium-Komplex 77 in PBS mit einem Zusatz von 5% Ethanol bestimmt, um substanzielle Informationen zum optischen Detektionslimit zu erhalten (Abbildung 8c). Hierzu wurden unterschiedliche Proben mit Konzentrationen zwischen 1 µM-200 µM und Stoffmengen zwischen 0.1 nmol-20 nmol in entsprechenden Eppendorf[®]-Reaktionsgefäßen genutzt. Die Anregung der Proben wurde mit einem im Aufnahmegerät integrierten Anregungslicht, mit einer Wellenlänge von 640 nm es für das Si-Rhodamin keine verfügbaren Emissionsfilter angeregt. Da im Wellenlängenbereich von ca. 660 nm gab, wurden die entstehenden Emissionen mit dem einem Emissionsfilter bei 710 nm aufgenommen.

Die Probenlösungen aus Abbildung 8c zeigen, dass eine Mindestmenge von 1 nmol bzw. eine Mindestkonzentration von 1 μ M nötig ist, um den Rhenium-Komplex **77** im Aufnahmegerät zu detektieren. Jedoch sollten für *in vivo* Experimente höhere Mengen an **77** genutzt werden, da die Verteilung des Farbstoffs im metabolisierenden Organismus und die Anreicherung des Farbstoffs in unterschiedlichen Geweben aber auch das Gewicht des zu untersuchenden Organismus (Maus, Ratte etc.) die lokale Konzentration erniedrigt und somit das Vermögen zur Emission erniedrigt. So sollten für die optische Kleintier-Bildgebung Lösungen mit mindestens 50 μ M bzw. 5 nmol Rhenium-Komplex **77** injiziert werden, um ausreichende und verwertbare Emissionssignale zu erhalten. Diese Detektionsgrenzen sind im Einklang mit bereits veröffentlichten Daten von anderen klinisch eingesetzten Farbstoffen mit ähnlichen Quantenausbeuten (z.B. Indocyaningrün aber auch Si-Rhodaminen).^[242-243]

Interessant ist auch, dass trotz der geringen Emission des Rhenium-Komplexes **77** bei 710 nm (Abbildung 8b) dennoch ausreichend verwertbare Emissionssignale mithilfe des IVIS-Aufnahmegerätes erhalten werden können.

Da es für klinische Anwendungen insbesondere in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie von hoher Bedeutung ist, dass die verwendeten Fluoreszenzfarbstoffe eine hohe Photostabilität bzw. eine große Beständigkeit gegen das Photobleichen aufweisen, müssen die hierfür verwendeten Farbstoffe dementsprechend untersucht werden. Aus diesem Grund wurden die synthetisierten Si-Rhodamine **73**, **74**, **76** und **77** in H₂O/EtOH (5%) gelöst und anschließend deren Stabilitäten nach Bestrahlung mit NIR-Licht untersucht. Dabei betrugen die Konzentrationen der Probenlösungen zwischen 0.8 μ M und 1 μ M. Der kommerziell erhältliche

Referenzfarbstoff Nilblau A wurde als Referenz verwendet, da dieser Farbstoff für seine ausgezeichnete Photostabilität bekannt ist.^[244] In Abbildung 9 sind die Ergebnisse der Photostabilitätsuntersuchungen bis nach zwei Stunden Bestrahlung gezeigt.



Abbildung 9: Photostabilitätsexperimente der synthetisierten Si-Rhodamine in H₂O/EtOH (5%) nach Bestrahlung der Proben mit einer Wellenlänge von λ =650 nm mithilfe eines gepulsten Lasers (20 kW, Pulsbreite<10 µs). Nach ausgewählten Zeitpunkten bis maximal zwei Stunden wurden Absorptionsspektren aufgenommen. Die Konzentrationen der Proben betrugen zwischen 0.8 µM und 1 µM.

Die Bestrahlung der Proben erfolgte mit einer Wellenlänge von 650 nm, da hier gemäß der Absorptionsspektren eine hohe Absorption der Farbstoffe erwartet wird. Zudem wurde als Strahlungsquelle ein gepulster Laser (20 kW, Pulsbreite<10 µs) verwendet.

Die Absorptionskurven aus Abbildung 9 zeigen für alle Si-Rhodamine eine hohe Photostabilität, da nach zwei Stunden eine Abnahme der Absorption von lediglich 24% für das Amin-funktionalisierte Si-Rhodamin **73** festgestellt wurde. Die für die bimodalen Anwendungen relevanten Si-Rhodamine **76** (Absorptionsabnahme nach zwei Stunden: 4%) und **77** (Absorptionsabnahme nach zwei Stunden: 15%) zeigen nach zwei Stunden Bestrahlung dagegen eine höhere Photostabilität als das Nilblau A. Von der exzellenten Photostabilität der Si-Rhodamine wurde ausführlich in vorangegangen Publikationen berichtet, die hier erneut bestätigt werden kann.^[132, 150, 245] Dies ist ein wesentlicher Vorteil im Vergleich zu Cyaninfarbstoffen wie beispielsweise das Indocyaningrün, welches trotz seiner Applikationen in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie, eine niedrige Photostabilität besitzt.^[246] Zur Vorbereitung von biologischen Untersuchungen wurde im nächsten Schritt die chemische Stabilität des Rhenium-Komplexes 77 in physiologischem Phosphatpuffer (PBS: pH=7.4) mit einem Zusatz von 5% Ethanol bei Raumtemperatur und einer Temperatur von 37 °C untersucht. In Tabelle 10 sind die Ergebnisse der Stabilitätsuntersuchungen aufgezeigt, welche mittels HPLC evaluiert wurden (Methode: 5-95% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 20 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, System 4). Die Konzentration des Rhenium-Komplexes 77 in PBS/EtOH (5%) betrug 1 µM. Der Rhenium-Komplex 77 war sowohl bei Raumtemperatur als auch bei 37 °C nach einer Zeitdauer von 24 Stunden in PBS intakt, sodass weitere Dekomplexierungsexperimente mit L-Histidin durchgeführt wurden (Abbildung 10a). Da zusammen mit der Imidazol-Einheit das *L*-Histidin als tridentater Ligand eine hohe Affinität zu Rhenium(I)- und Technetium(I)-Komplexen besitzt und zusätzlich in einem hohen Überschuss im menschlichen Organismus auftritt, gelten Verdrängungsexperimente mit dieser Aminosäure als sinnvoll.^[247-248] In einem tausendfachen Überschuss wurde *L*-Histidin (1 mM) zum Rhenium-Komplex 77 gegeben und nach 24 Stunden bei 37 °C wurde mittels HPLC keine Dekomplexierung festgestellt (Abbildung 10b). Diese Feststellung weist auf eine hohe in vitro Stabilität des Rhenium-Komplexes 77 hin.

Tabelle 10: Überblick der Stabilitätsexperimente des Rhenium(I)-Komplexes **77** unter physiologischen Bedingungen in PBS/EtOH (5%) und Verdrängungsexperimente in *L*-Histidin bei verschiedenen Temperaturen und nach verschiedenen Zeitpunkten. Methode: 5–95% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 20 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 4.

Zeit	PBS/EtOH (5%)	PBS/EtOH (5%)	PBS/EtOH (5%)
		bei 37 °C	+1 mM <i>L</i> -Histidin bei 37 °C
1 h	>99%	>99%	>99%
3 h	>99%	>99%	>99%
6 h	>99%	>99%	>99%
24 h	>99%	>99%	>99%

In Abbildung 10 sind die HPLC-Chromatogramme der oben genannten Stabilitätsuntersuchungen gezeigt. Die normalisierten Chromatogramme zeigen keine zusätzlich gebildeten Nebenprodukte.

a) Nach 24 Stunden: **77** in PBS bei 37 °C b) Nach 24 Stunden: **77** in PBS/*L*-Histidin bei 37 °C



Abbildung 10: Normalisierte HPLC-Chromatogramme des Rhenium(I)-Komplexes 77. a) Nach 24 Stunden: 77 in PBS bei 37 °C und nach 24 Stunden: 77 in PBS/*L*-Histidin bei 37 °C (b). Methode: 5–95% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 20 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 4.

Aufgrund der hohen Stabilitäten des Rhenium-Komplexes **77** im wässrigen Medium, war es naheliegend, dass nach einer erfolgreichen Radiomarkierung des Liganden **76** mit Technetium-99m eine hohe *in vitro* Stabilität des resultierenden Technetium-Komplexes **78** zu erwarten ist.

Zur Radiomarkierung des Liganden **76** wurde zuerst der hochreaktive Technetium-Komplex $[Tc(CO)_3(H_2O)_3]^+$ **79** in situ hergestellt. Genauer, wurde das Natriumpertechnetat Na[^{99m}Tc]TcO₄, welches vom Technetium-99m-Generator mit einer 0.9% Natriumchlorid-Lösung eluiert wurde, zum *fac*-(Triaqua)tricarbonyl[^{99m}Tc]technetium(I)-Komplex umgesetzt (Schema 14). Dabei erfolgte die Herstellung des nicht-radioaktiven Kits basierend auf den kommerziell erwerblichen "IsoLinkTM"</sup> Kits (Mallinckrodt) für Technetium-99m Markierungen.^[249-250]



Schema 14: Reaktionsbedingungen zur Synthese des hochreaktiven $[Tc(CO)_3(H_2O)_3]^+$ -Komplexes **79** ausgehend vom Pertechnetat TcO_4^- .

Um den hochreaktiven $[Tc(CO)_3(H_2O)_3]^+$ -Komplex **79** herzustellen wurde zum Lyophilisat, zusammengesetzt aus Natriumtetraborat-Dekahydrat (Reduktionsmittel), Natriumboranocarbonat (Kohlenstoffmonoxid-Donor) und Natriumtartrat (Puffer) das Eluat als Pertechnetat TcO_4^- aus dem Technetium-99m-Generator in einer Natriumchlorid-Lösung hinzugegeben.^[249] Dieser Cocktail wurde nun, unter Siedehitze (100 °C), für 40 Minuten erwärmt. Anschließend wurde die Lösung abgekühlt und durch Zugabe von Salzsäure (1 M) auf einen pH-Wert von sieben neutralisiert.

Nach der erfolgreichen Synthese des [Tc(CO)₃(H₂O)₃]⁺-Komplexes **79** wurde dieser wiederum zu einer Lösung des Liganden 76 (87 nmol) in H₂O/EtOH (5%) dazugegeben. Die Radiomarkierung (Startaktivität: 81.4 MBq) der blauen Liganden-Lösung erfolgte bei einer Temperatur von 75 °C mit einer Reaktionszeit von einer Stunde (Schema 15). Nach anschließender HPLC-Aufreinigung wurde der ^{99m}Technetium-Komplex **78** mit einer radiochemischen Ausbeute von 59±2% (n=4) und einer hohen radiochemischen Reinheit über 98% erhalten. Die niedrige radiochemische Ausbeute ist auf die erhöhte Lipophilie des Komplexes 78 und der damit einhergehenden Radioaktivitätsverluste durch hohe Wechselwirkungen mit den für die Radiomarkierung genutzten Glasgeräten zurückzuführen. Mithilfe des herkömmlichen "shake flask-Verfahrens" wurde schließlich der Verteilungskoeffizient in einem n-Oktanol/PBS-Gemisch experimentell bestimmt. Der Verteilungskoeffizient des ^{99m}Tc-Komplexes **78** lag bei $\log D_{pH=7.4}=1.11\pm0.02$ (*n*=10) und bestätigt somit eine erhöhte Lipophilie. Wenn der Komplex 77 nun strukturell zu einem biokonjugierbaren Si-Rhodamin derivatisiert wird, so kann bei Einführung eines stark wasserlöslichen Targetvektors (z.B. PSMA-1007-Bindungsmotiv) die Hydrophilie des neuen Technetium-Komplexes signifikant erhöht werden. Diese Strategie kann zur Reduktion von unerwünschten unspezifischen Bindungen beispielsweise an Zellmembranen oder Proteinen führen.^[251-252] Außerdem kann somit die Wahrscheinlichkeit eines hepatobiliären Metabolismus des Radiotracers gesenkt werden, welcher den Radiotracer in eine wasserlösliche Verbindung umwandelt und letzten Endes über den Darm eliminiert.^[253-255] Die

Erhöhung der Wasserlöslichkeit verschiebt dann den hepatobiliären Metabolismus in Richtung der renalen Exkretion.^[253]



Schema 15: Radiomarkierung des Liganden **76** mit dem hochreaktiven [Tc(CO)₃(H₂O)₃]⁺-Komplex **79** zum Technetium(I)-Komplex **78**.

In Abbildung 11 sind die HPLC Chromatogramme des HPLC aufgereinigten und radiochemisch reinen ^{99m}Tc-Komplexes **78** und des chemisch reinen nicht-radioaktiven Rhenium-Komplexes **77** dargestellt (5–95% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 20 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 4).

In Abbildung 11 zeigt das Chromatogramm des ^{99m}Tc-Komplexes **78** eine ähnliche Retentionszeit (R_t =12.6 Minuten) des nicht-radioaktiven Rhenium-Komplexes **77** (R_t =12.5 Minuten) in der UV-Spur bei 254 nm. Diese Feststellung weist auf die erfolgreiche Synthese und Existenz des ^{99m}Tc-Komplexes **78** hin.

Da der Rhenium-Komplex **77** hohe Stabilitäten in Dekomplexierungsexperimenten mit *L*-Histidin zeigte, ist vom ^{99m}Tc-Komplex **78** ebenfalls eine hohe Stabilität zu erwarten. Aus diesem Grund wurde die Stabilität des ^{99m}Tc-Komplexes **78** in humanem Serum auf etwaige Dekomplexierungen und der Rückoxidation zu Technetium-Spezies mit höherer Oxidationsstufe untersucht.

Demnach wurden die Stabilitäten bei Raumtemperatur und bei 37 °C mittels Radio-Dünnschichtchromatographie über eine Zeitdauer von 24 Stunden (Laufmittel: Wasser/Eisessig (95:5) auf "*reversed-phase*" Dünnschichtchromatographie(DC)-Platten) untersucht.



Abbildung 11: Identitätsnachweis von ^{99m}Tc-Komplex **78**. Überblick der normalisierten Radio-HPLC-Chromatogramme a) des Technetium(I)-99m-Komplexes **78** [γ -Detektion, Zählrate] mit R_t =12.6 Minuten und b) des Rhenium(I)-Komplexes **77** als nicht-radioaktive Referenzsubstanz [UV-Detektion, 254 nm] mit R_t =12.5 Minuten. Methode: 5–95% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 20 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 4.

Die Ergebnisse sind in Tabelle 11 gezeigt. Tabelle 11 zeigt, dass der ^{99m}Tc-Komplex über eine Zeitdauer von 24 Stunden hinweg kaum Dekomplexierungseigenschaften zeigt, da nach 24 Stunden sowohl bei Raumtemperatur als auch bei 37 °C über 90% des ^{99m}Tc-Komplexes **78** intakt sind.

Tabelle	11:	Überblick	der	Stabilitätsexperimente	des	^{99m} Technetium-Komplexes 78 in	humanem
Serum n	ach I	Inkubation	bei F	Raumtemperatur oder 37	7 °C i	nach unterschiedlichen Zeitpunkter	۱.

Zeit	Prozentualer Anteil des intakten SiR 78	Prozentualer Anteil des intakten SiR 78			
	nach Inkubation in humanem Serum bei	nach Inkubation in humanem Serum be			
	RT nach verschiedenen Zeitpunkten	37 °C nach verschiedenen Zeitpunkten			
1 h	>99%	>99%			
3 h	>98%	>99%			
5 h	>97%	>93%			
19 h	>96%	>93%			
24 h	>96%	>92%			

Zusammenfassend lässt sich feststellen, dass der erste niedermolekulare und bimodale ^{99m}Tc-Radiotracer gebunden an einem Si-Rhodamin-Grundgerüst und mit NIR-Eigenschaften synthetisiert und vollständig charakterisiert wurde. Der NIR-Farbstoff basierte Radiotracer für die bimodale SPECT/OI Bildgebung **78** zeigt zusammen mit dem nicht-radioaktiven Rhenium-Komplex **77** aufgrund der *in vitro* Stabilitäten in humanem Serum vielversprechende Eigenschaften für eine potentielle Anwendung zur Detektion von tumorbefallenen Wächterlymphknoten und der anschließenden akkuraten Resektion der befallenen Wächterlymphknoten mittels Fluoreszenz-gestützter Chirurgie. Vorteilhaft ist auch, dass die Verwendung eines NIR-Licht absorbierenden und emittierenden Farbstoffs eine möglichst gewebeschonende Methode im Gegensatz zum heutzutage kommerziell vertriebenen Patentblau V darstellt.^[216]

3.3 Die Synthese von Si-Rhodaminen zur Radiofluorierung in SiFA-Isotopenaustauschreaktionen

Im Vergleich zu Technetium-99m markierten Radiotracern, welche in der SPECT-Bildgebung angewandt werden, versprechen Verbindungen die mit dem PET-Radionuklid Fluor-18 markiert werden, höher aufgelöste Signale in der PET-Bildgebung. Zudem erlauben PET-Aufnahmen genaue Aussagen über die quantitative Verteilung des Radiotracers im (Tumor)Gewebe.^[12-13, 15] Aus diesem Grund lag der Fokus in diesem Teilprojekt der vorliegenden Arbeit auf der Herstellung neuartiger Si-Rhodamine, welche in nachfolgenden Reaktionen mit dem klinisch relevanten PET-Radionuklid Fluor-18 ($t_{1/2}$ =109.7 Minuten) radiomarkiert bzw. radiofluoriert werden sollen.

Diese Arbeiten beruhen auf Vorarbeiten von C. S. Kramer und mir, welche als Basis verwendet wurden, um das Teilprojekt zu bearbeiten.^[195, 197]

Zur Radiofluorierung von Molekülen gibt es zahlreiche unterschiedliche Methoden und Techniken.^[6, 256-257] Eine besonders effiziente Methode ist der Isotopenaustausch von Fluor-19 mit radioaktivem Fluor-18 und kann beispielsweise in Trifluoroboraten und in Organophosphanen realisiert werden (Schema 16a/b).^[258-262] Die Methoden zeichnen sich als äußerst effizient aus. da die Isotopenaustauschreaktionen in den für Radiofluorierungsmethoden unüblichem wässrigem Medium (Schema 16a/b) und in weniger als 20 Minuten Reaktionszeit stattfinden können. In Schema 16 sind bekannte Methoden des Fluor-19 und Fluor-18 Isotopenaustausches veranschaulicht. Neuerdings wurden auch äußerst effiziente Isotopenaustauschreaktionen mit Fluor-19 und radioaktivem Fluor-18 in Arylfluorosulfaten mit nahezu quantitativer radiochemischer Ausbeute bei Raumtemperatur realisiert (Schema 16c).[263]

Ein Fluor-19/Fluor-18- Isotopenaustausch kann auch in sterisch gehinderten Silanen durchgeführt werden (Schema 16c). Dieser Isotopenaustausch wird somit als Silizium-Fluorid Akzeptor-Austauschreaktion (SiFA) bezeichnet.^[257, 259, 264-265] Mithilfe dieses Reaktionstyps können nahezu quantitative radiochemische Ausbeuten verbunden mit hohen molaren Aktivitäten erhalten werden.^[258-259, 262, 265]



Schema 16: Überblick über die verschiedenen Möglichkeiten von Fluor-19/Fluor-18-Isotopenaustauschreaktionen in a) Aryltrifluoroboraten, b) sterisch gehinderten Organophosphanen, c) Arylfluorosulfaten und d) sterisch gehinderten Organosilanen.^[257-263, 265]

Zudem wird in SiFA-Austauschreaktionen nur eine niedrige Vorläufermenge in der Größenordnung von wenigen Nanomol benötigt, was sich im Falle des Si-Rhodamins aufgrund der limitierten Verfügbarkeit als vorteilhaft erweist, da die Synthese des Si-Rhodamins lediglich im Milligrammmaßstab durchgeführt werden kann.^[266]Das Silizium weist eine sehr hohe Bindungsaffinität zu Fluoriden auf und zudem besitzt die Silizium-Fluorid-Bindung eines der stärksten Bindungen in der organischen Chemie (Bindungsenergie: 576±17 kJ/mol).[267-268] In Schema 17a ist die Radiomarkierung von Di-*tert*butylfluorophenylsilan 83 gemäß dem SiFA-Isotopenaustausch dargestellt. Diese Reaktionen versprechen radiochemische Ausbeuten zwischen 85% und 95% mit molaren Aktivitäten zwischen 1500–1700 GBg/µmol. Der Blick auf die Stabilitäten in humanem Serum bei 37 °C zeigt, dass je sterisch anspruchsvoller die Gruppen am Silan sind, desto stabiler ist die radioaktive Verbindung gegen Defluorierung und somit wirken sterisch gehinderte Silane einer Metabolisierung in vitro entgegen. Die ausgeprägte Stabilität dieses Silans konnte in vivo in Mäusen ebenfalls nachgewiesen werden.^[265] Demnach konnte Schirrmacher et al. nachweisen, dass sterisch gehinderte ¹⁸F-markierte *tert*-Butylsilane in wässrigem Medium und humanem Blutserum stabil genug sind, um Defluorierungen zu verhindern. Defluorierungen machen sich ansonsten durch zusätzliche Hintergrundsignale aufgrund einer erhöhten radioaktiven Fluorid-18-Aufnahme in Knochen bemerkbar.^[265]

Aus diesen Gründen ist es strategisch vorteilhaft eine Silizium-Fluorid Einheit in das Si-Rhodamin Grundgerüst zu einzufügen, da diese Strategie den Zugang zu niedermolekularen Si-Rhodaminen (<500 g/mol) mit der Möglichkeit einer Verknüpfung an wichtigen Tumorvektoren bietet und somit zur Beantwortung wichtiger onkologischer Fragestellungen führt. Bisher sind keine radiofluorierten bzw. radiomarkierten Si-Rhodamine bekannt. Durch die direkte Verknüpfung der Radioaktivität an das niedermolekulare Si-Rhodamin 86 bleibt der radioaktive Farbstoff noch immer ein niedermolekularer Radiotracer. In diesem Fall genießt der fluoreszente Radiotracer die Vorteile von niedermolekularen Verbindungen wie beispielsweise eine konstante Pharmakokinetik, welche nach Knüpfung an hochmolekularen Biomolekülen (z.B. Antikörper oder Peptiden) marginal beeinflusst werden kann.[101]



Schema 17: a) SiFA-Isotopenaustauschreaktion am Beispiel von Di-*tert*-butylfluorophenylsilan **83** und b) die Stabilitäten verschiedener sterisch anspruchsvoller Organosilane nach Inkubation in humanem Serum. c) Ein im Rahmen dieser Arbeit zu synthetisierendes Si-Rhodamin **86** als Modellverbindung für den SiFA-Isotopenaustausch und d) ein radiofluoriertes Si-Rhodamin **[18F]87** als Zielmolekül mit Carbonsäure-Funktionalitäten für die Konjugation an einem Targetvektor und zur Erhöhung der Hydrophilie.

In Schema 17c ist eine Modellverbindung des Si-Rhodamins **86** für den radioaktiven SiFA-Isotopenaustausch gezeigt. Die Modellverbindung **86** besitzt als sterisch anspruchsvolle Gruppe eine *tert*-Butylgruppe am Silan, welche eine mögliche Hydrolyse und Defluorierung in wässrigem Medium vermeiden soll. Zudem verspricht das Rückgrat der Xanthen-Einheit ebenfalls eine Abschirmung vor Nukleophilen wie Hydroxidionen, welche eine mögliche Hydrolyse herbeiführen können.

Nach Optimierung der Bedingungen zur SiFA-Radiomarkierung des Si-Rhodamins **86** sollen schließlich Stabilitätsuntersuchungen zeigen, wie die radiomarkierten Farbstoffe sich *in vitro/in vivo* verhalten. Anschließend soll ein wasserlösliches Si-Rhodamin [¹⁸**F**]**87** entwickelt werden, welches an medizinisch relevante Targetmoleküle (z.B. PSMA-Bindungsmotiv) geknüpft werden kann. Danach kann eine etwaige selektive Anreicherung des Radiotracers an Tumoren untersucht werden (Schema 17d).

Zur Herstellung des Si-Rhodamins **86** wurden die Arbeiten von Kramer und Bertozzi *et al.* genutzt, um zunächst das entsprechende Si-Xanthon **88** zu synthetisieren (Schema 18).^[197, 201]

Zum Silan-Baustein des Si-Xanthons 88 wurde eine Methoxygruppe gewählt, da bereits Arbeiten zur Fluorierung von Alkoxysilanen veröffentlicht wurden und die Strategie der Fluorierung von Alkoxysilanen auf das Si-Rhodamin 91 transferiert werden kann.^[269-272] Analog zur Synthese des Si-Xanthons 48 wurde ausgehend von 3-Bromo-N,Ndimethylanilin (56) eine zweistufige Eintopfreaktion gemäß Schema 18a zum Si-Xanthon 88 durchgeführt. Das Dibromid 56 wurde in einem zweifachen Halogen-Metall-Austausch bei 0 °C zu 89 lithiiert und danach bei 0 °C mit dem tert-Butyltrimethoxysilan-Baustein über 17 Stunden umgesetzt (Schema 18a).^[195-197, 200] Anschließend wurden als Zwischenprodukte die Xanthen-Derivate 90a und 90b erhalten. Diese wurden in einer Folgereaktion mit dem Oxidationsmittel Kaliumpermanganat in Gegenwart eines Puffers (Tetrabutylammoniumhydrogensulfat (0.4 Äq.) in Kalilauge (1 M)) zum Si-Xanthon 88 oxidiert (Schema 18a). Nach säulenchromatographischer Reinigung (n-Hexan/Ethylacetat 95:5 zu 60:40 auf Kieselgel) wurde das Si-Xanthon 88 mit einer Ausbeute von 58% erhalten. Die ¹H/¹³C-NMR-Spektren, der Vergleich mit arbeitskreisinternen Daten und HR-ESI-MS-Daten mit einem *m/z*=787.4042 für das Molekülion [2M+Na]⁺ (berechnet: *m/z*=787.4045) bestätigen die erfolgreiche Synthese des Si-Xanthons 88.^[195-197]

Das Si-Xanthon **88** wurde anschließend mit 1.2 Äquivalenten des kommerziell erhältlichen Phenyllithiums in THF bei –78 °C umgesetzt (Schema 18b). Nach saurer Aufarbeitung und säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 90:10 auf Kieselgel) wurde das tiefblaue Si-Rhodamin **91** mit einer guten chemischen Ausbeute von 83% analysenrein erhalten. Die ¹H/¹³C-NMR-Daten und Daten der HR-ESI-MS (positiver Modus) weisen auf eine erfolgreiche Synthese hin. Außerdem zeigt der Vergleich mit hausinternen Daten ebenfalls die Präsenz von **91**.^[196-197] Wichtig ist zu erwähnen, dass die Methoxygruppe des Si-Rhodamin **91** nach einer HPLC-Aufreinigung aufgrund des Einsatzes von deionisiertem Wasser und

Acetonitril mit 0.1% Trifluoressigsäure als Additiv hydrolysiert wird. Dies wurde durch entsprechende NMR- und HR-ESI-MS Experimente nachgewiesen.

a) Synthese des Xanthons 88



b) Synthese des Si-Rhodamins 91 über nukleophile Addition und Eliminierung



c) Synthese des Si-Rhodamins 91 über Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplung



Schema 18: a) Synthese des Si-Xanthons **88**, ausgehend von **56**, nach Kramer und Bertozzi *et al.*^[197, 201] b) Synthese des Si-Rhodamins **91** in einer nukleophilen Additions- und Eliminierungsreaktion und durch eine Palladium-katalysierte Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktion (c).

Alternativ wurde das Si-Rhodamin **91** mithilfe der Bedingungen der Palladium-katalysierten Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktion aus dem vorangegangenen Kapitel (**3.1**) synthetisiert. Demnach wurden die optimierten Bedingungen aus Kapitel **3.1** verwendet und zunächst das Si-Xanthon **88** in trockenem DCM mithilfe von 1.1 Äquivalenten Tf₂O zum entsprechenden dunkelblauen Triflat umgesetzt. Im nächsten Schritt wurde das Triflat mit dem bidentaten Palladium-Katalysator Pd(dppf)Cl₂ (10 mol%), dem entsprechenden Boroxin **52b** (1.1 Äquivalente) und Natriumcarbonat (3 Äquivalente) zum Si-Rhodamin **91** umgesetzt. Nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 90:10 auf Kieselgel) konnte das Si-Rhodamin **91** mit einer chemischen Ausbeute von 60% analysenrein erhalten werden. Die alternative Syntheseroute zur Herstellung des Si-Rhodamins **91** zeigt, dass die optimierten Bedingungen aus Kapitel **3.1** erfolgreich auf andere Si-Rhodamin-Gerüste übertragen werden können.

Im Folgenden wurden unterschiedliche Methoden zur Fluorierung und diverse Fluorierungsreagenzien genutzt, um das bereits hergestellte Si-Rhodamin **91** zu fluorieren. Das fluorierte Si-Rhodamin **86** soll dann als Vorläufer für den SiFA-Isotopenaustausch mit radioaktivem Fluor-18 dienen (Schema 19, Tabelle 12).



Schema 19: Überblick über die Fluorierung von 91 und die darauffolgende SiFA-Radiofluorierung von 86.

Eine konventionelle Methode zur Fluorierung von Alkoxyether-funktionalisierten Organosilanen ist die Nutzung des nukleophilen Fluorids aus dem Kaliumfluorid.

Um die Nukleophilie von Fluoridionen zu steigern, wird der [2.2.2]Kryptand, welcher kommerziell unter dem Namen Kryptofix[®] erhältlich ist, genutzt.

Der Kryptand komplexiert das Kalium, sodass die Nukleophilie des nun nackten Fluorid-Ions gesteigert und die Reaktion in Gang gesetzt werden kann. Jedoch wurde festgestellt, dass nach 16 Stunden in Essigsäure als Lösungsmittel bei Raumtemperatur keine Umsetzung erfolgte (Tabelle 12, Eintrag: 1).^[197]

Der Einsatz von Fluorwasserstoffsäure (HF (aq); w_T:35% in Wasser) für die Fluorierung von sterisch anspruchsvollen Alkoxysilanen wurde bereits hausintern in sogenannten Pyronin-Farbstoffen erfolgreich getestet und wurde aus diesem Grund ebenfalls für das Si-Rhodamin **91** genutzt.^[197] Es wurde festgestellt, dass sowohl in Acetonitril als auch in THF ein vollständiger Umsatz erreicht wurde, jedoch sind laut der Dünnschichtchromatographie unterschiedliche Nebenprodukte entstanden, welche in der ESI-MS keine Anwesenheit vom

fluorierten **86** zeigten. Als alternatives nukleophiles Fluorierungsmittel zeigte das HF*py (Olah's Reagenz) in THF bei Raumtemperatur ebenfalls unterschiedliche Nebenprodukte, die nicht näher charakterisiert wurden (Eintrag: 3).^[197]

Tabelle	12:	Die	untersuchten	Methoden	mit	den	verwendeten	Fluorierungsmitteln	und	die
dazugehörigen Bedingungen zur Fluorierung des Si-Rhodamins 91 .										

Eintrag	Fluorierungsmittel	Bedingungen	Resultat
1	KF	[2.2.2]Kryptand/K ₂ CO ₃ in AcOH, RT, 16 h	keine Umsetzung ^a
2	HF	in MeCN/THF, RT, 3–18 h	unterschiedliche Nebenprodukte ^a
3	Olah's Reagenz (70% HF in 30% pyridine)	in THF, RT, 16 h	unterschiedliche Nebenprodukte ^a
4	TBAF	in THF, RT, 3 h	Entstehung des Silanol 92
5	DAST	in MeCN/THF, RT, 16 h	unterschiedliche Nebenprodukte
6a	Selectfluor®	in MeCN, RT, 17 h	Großteils keine Umsetzung und Entstehung des Silanols 92 in Spuren
6b	Selectfluor®	in DMF, RT, 17 h	Großteils keine Umsetzung und Entstehung des Silanols 92 in Spuren
7	(NH ₄) ₂ SiF ₆	in THF, RT, 20 h	keine Umsetzung
8	H ₂ SiF ₆	in MeCN, RT, 3 h	nachgewiesen durch HR- ESI-MS und ¹⁹ F-NMR des Rohprodukts, aber Hydrolyse zu Silanol 92 nach Aufreinigung

^aDiese Bedingungen wurden von C. S. Kramer durchgeführt und im Rahmen dieser Dissertation erneut reproduziert.^[197]

Unter ähnlichen Bedingungen zeigte die Verwendung von Tetrabutylammoniumfluorid (TBAF) nach wässrig-saurer Aufarbeitung ausschließlich die Bildung des Silanols **92** (Eintrag: 4). Das nukleophile Fluorierungsmittel Diethylaminoschwefeltrifluorid (DAST) zeigte ebenfalls unterschiedliche Nebenprodukte, die anhand der ESI-MS nicht dem fluorierten Si-Rhodamin **86** zugeordnet werden konnten (Eintrag: 5).

Als Alternative zu nukleophilen Fluorierungsmitteln wurde das elektrophile Fluorierungsmittel Selectfluor[®] verwendet. Unter den Bedingungen nach Danahy *et al.* wurde die Fluorierung sowohl in DMF als auch in Acetonitril durchgeführt.^[273] Auch dieses Fluorierungsmittel führte laut ESI-MS der Reaktionslösung zu keinem Erfolg und es wurde eine Mischung aus der Ausgangssubstanz und hydrolisiertem Silanol **92** (Eintrag: 6a/6b) erhalten.

Des Weiteren wurden für die Fluorierung von Si-Rhodamin **91** Fluorosilikate genutzt. Während mithilfe des Ammoniumhexafluorosilikats ((NH₄)₂SiF₆) in THF keine Umsetzung festgestellt werden konnte (Eintrag: 7), wurde ein vollständiger Umsatz von **86** zum fluorierten Si-Rhodamin **86** durch das Reagenz Hexafluorkieselsäure (H₂SiF₆; w_T:20–25% in Wasser) in Acetonitril bei Raumtemperatur mithilfe des ESI-MS festgestellt (Eintrag: 8). Überraschenderweise konnte, unter analogen Bedingungen, keine Umsetzung von **91** in THF erreicht werden. Außerdem wurde **86** mithilfe von HR-ESI-MS-Experimenten (positiver Modus) nachgewiesen (berechnet: *m/z*=431.2113; gefunden: *m/z*=431.2115).

Es wurde festgestellt, dass eine wässrige Aufarbeitung des Rohprodukts von **86** zur Hydrolyse und somit zur Bildung des Silanols **92** führt. Somit zeigt sich, dass das fluorierte Si-Rhodamin **86** instabil gegenüber Nukleophilen ist und zur Hydrolyse neigt. Aus diesem Grund wurde versucht das Rohprodukt **86** unmittelbar nach Synthese ohne eine etwaige Aufarbeitung säulenchromatographisch (DMC/MeOH 99:1 zu 90:10 auf Kieselgel) aufzureinigen. Jedoch wurde nach säulenchromatographischer Reinigung erneut die Entstehung des Silanols **92** festgestellt.



Schema 20: Die Fluorierung von 91 mit Hexafluorkieselsäure in Acetonitril bei Raumtemperatur. Nach anschließender Reinigung des fluorierten Si-Rhodamins 86 wurde das entsprechende Silanol 92 mit einer chemischen Ausbeute von 86% erhalten.

Hierbei ist ein möglicher Austausch des Fluorids, welches am Silizium gebunden ist, mit der stationären Phase des Siliziumoxids naheliegend. Aus diesem Grund wurde versucht, das Rohprodukt über neutralem Aluminiumoxid (ALOX) als stationäre Phase (DCM/MeOH 99:1 zu 91:9) aufzureinigen. Auch diese Alternative ergab lediglich das hydrolisierte Silanol **86**. Diese Beobachtungen zeigen, möglicherweise aufgrund der hohen Oxophilie des Siliziums, eine Instabilität der Silizium-Fluorid-Bindung.

Die Reinigung des Rohprodukts mittels HPLC und einer geeigneten Methode (10–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 2) führte zu einer Ausbeute von 86% des analysenreinen Silanols **92** als Hauptprodukt (Schema 20). Die ¹H/¹³C-NMR-Spektren und die exakte Masse des Molekülions (berechnet: [M]⁺=429.2357; gefunden: [M]⁺=429.2361) bestätigen die Präsenz des hydrolisierten Si-Rhodamins **92**.

Diese Hinweise deuten darauf hin, dass die fluorierte Verbindung **86** wohl in Gegenwart eines Überschusses an Wasser leicht zum Silanol **92** hydrolysiert wird und im wässrigen Milieu nicht beständig ist.

Aufgrund der Hydrolyseeigenschaften von **86** wurden ¹⁹F-NMR-Experimente im 376 MHz NMR-Gerät durchgeführt, um die Bildung des fluorierten Si-Rhodamins zu untersuchen, die genauen Hydrolysebedingungen zu dokumentieren und um somit die Beständigkeit der Silizium-Fluorid Bindung in wässrigen Lösungen zu untersuchen (Abbildung 12).



20 10 -60 -90 -110 -120 -130 -140 -150 -160 -170 -180 -190 -200 -10 -20 -30 -40 -50 -70 -100 -80 f1 (ppm)

Abbildung 12: ¹⁹F-NMR-Spektren vom Si-Rhodamin **91** nach Zugabe von Hexafluorkieselsäure in deuteriertem Acetonitril (376 MHz NMR). Die Reaktion wurde in einem NMR-Röhrchen durchgeführt. a) ¹⁹F-NMR-Spektrum von **91** in deuteriertem Acetonitril und b) das dazugehörige ¹⁹F-NMR-Spektrum der Hexafluorkieselsäure in deuteriertem Acetonitril. c), d) und e) zeigen ¹⁹F-NMR-Spektren vor entstehender **86** nach Zugabe der Hexakieselsäure zu **91** nach verschiedenen Zeitpunkten [ppm].

Demnach wurde das Edukt **91** in ein NMR-Röhrchen gegeben und die kommerziell erhältliche wässrige Hexafluorkieselsäure (w_T: 20–25% in Wasser; ein Äquivalent) hinzugegeben. Die NMR-Experimente wurden in dreifach deuteriertem Acetonitril durchgeführt. Nach Zugabe der Hexafluorkieselsäure wurde nach verschiedenen Zeitabständen ein ¹⁹F-NMR aufgenommen und die Reaktion währenddessen analysiert. Wie zu erwarten ist, zeigt **91** allein kein ¹⁹F-NMR-Signal, da es keine Fluoratome trägt (Abbildung 12a). Die chemische Verschiebung des

Hexafluorosilikat-Anions SF₆⁻ in der Hexafluorkieselsäure beträgt δ =-152 ppm (Abbildung 12b). Nach Zugabe der Hexafluorkieselsäure zum Si-Rhodamin **91** konnte nach 30 Minuten ein Signal bei δ =-138 ppm erhalten werden, welches möglicherweise auf anionisches Pentafluoridosilikat SiF₅⁻ hindeutet, da das Pentafluoridosilikat laut Literatur in deuteriertem Acetonitril eine ähnliche chemische Verschiebung aufweist.^[274-275] Zusätzlich kann ein ¹⁹F-NMR-Signal bei etwa δ =-185 ppm in Abbildung 12c beobachtet werden, welches laut Literatur im typischen Bereich von fluorierten und sterisch gehinderten Silanen liegt (zwischen δ =-185—195 ppm).^[265, 276-279] Zudem zeigen die bereits genannten und hausintern charakterisierten Si-Pyronine chemische Verschiebungen bei etwa δ =-187 ppm.^[197]

Überraschenderweise verschwindet nach 150 Minuten das ¹⁹F-NMR-Signal bei δ=-138 ppm und die Signalintensität bei δ=-185 ppm erhöht sich (Abbildung 12d). Nach 150 Minuten der Zugabe der Hexakieselsäure gibt es wohl keine weitere Umsetzung, da keine Unterschiede zwischen den Signalintensitäten in den ¹⁹F-NMR-Spektren bei 15 Stunden (Abbildung 12e) und bei 150 Minuten zu erkennen ist. Zusätzlich wurde ein ²⁹Si-NMR-Spektrum aufgenommen, um eine etwaige Silizium-Fluor Kopplung zu bestimmen. Jedoch konnten aus dem ²⁹Si-NMR-Spektrum keine nähere Informationen über eine Silizium-Fluorid-Bindung festgestellt werden. Zusammenfassend zeigen diese Experimente, dass die Silizium-Fluorid-Bindung im Si-Rhodamin **86** nicht stabil genug ist, um im wässrigen Medium längerfristig beständig zu sein. Jedoch ist dies eine wichtige Voraussetzung, um einen solchen Radiotracer für klinische Applikationen weiter zu entwickeln. Somit macht die Hydrolyseempfindlichkeit und die daraus resultierende limitierte Stabilität des Si-Rhodamins **86** im wässrigen Medium die Weiterentwicklung als Tracer für die bimodale PET/OI-Bildgebung nicht möglich.

Trotz der Instabilität und der Schwierigkeiten in der Reinigung des fluorierten Si-Rhodamins wurde **86** ohne weitere Reinigung in einem initialen Testansatz verwendet, um den SiFA-¹⁹F-¹⁸F-Isotopenaustausch des Si-Rhodamins **86** zu untersuchen (Schema 21). Demnach wurde das nach azeotroper Trocknung erhaltene nukleophile radioaktive Fluorid-18, in Acetonitril gelöst, zum Vorläufer **86** gegeben und ein möglicher Umsatz mittels Radio-HPLC untersucht. Hierbei wurde die Versuchsvorschrift nach Schirrmacher und Kostikov *et al.* durchgeführt.^[265, 277]

Unter diesen Bedingungen konnte kein radiochemischer Umsatz festgestellt werden. Dies ist wohlmöglich auf die geringe chemische Reinheit des ungereinigten Vorläufers **86** und auf die Hydrolyseempfindlichkeit des Silans von **86** zurückzuführen.

Um der Hydrolyse entgegenzuwirken, müsste eine im Vergleich zur *tert*-Butylgruppe voluminösere und sterisch anspruchsvollere Gruppe wie beispielsweise ein Adamantylrest am entsprechenden Silan eingeführt werden, was zu einer erhöhten Lipophilie führen und sich somit wiederum nachteilig auf die potentielle PET/OI-Anwendung auswirken würde. Außerdem müssten zunächst die entsprechenden Adamantylsilane synthetisiert werden, da

diese nur begrenzt kommerziell erhältlich. Jedoch kann sich die Synthese solcher Silan-Bausteine als äußerst komplex erweisen.



Schema 21: Fehlgeschlagener Versuchsansatz zum SiFA-Isotopenaustausch von **86**, welcher als Rohprodukt zur Radiomarkierung in Acetonitril bei Raumtemperatur mit azeotrop getrocknetem Fluor-18 verwendet wurde.

Im weiteren Verlauf dieser Arbeit wurde die Anwendung der SiFA-Isotopenaustauschreaktion auf die Si-Rhodamine nicht mehr berücksichtigt. Dagegen wurden nunmehr Radiofluorierungskonzepte zur direkten Einbringung von Fluor-18 in den Phenylring verfolgt.

3.4 Die Synthese von radiohalogenierten Si-Rhodaminen

3.4.1 Die Kupfer-vermittelte Radiofluorierung von Si-Rhodaminen

Aus dem vorangegangenen Kapitel wird ersichtlich, dass ein Fluor-19/Fluor-18-Isotopenaustausch am sterisch gehinderten Silizium-Atom in Si-Rhodaminen nicht durchgeführt werden konnte. Aus diesem Grund lag der Fokus in diesem Teil der Arbeit auf der direkten Einführung von Fluor-18 in das aromatische Grundgerüst (Schema 22).³



Geeigneter Vorläufer: 93

Fluor-18-markiertes Si-Rhodamin: 94

Schema 22: Ziel dieses Teilprojekts ist die Synthese von radiofluorierten Si-Rhodaminen, ausgehend eines geeigneten Vorläufers 93 und der direkten Fluor-18-Markierung des Phenylrings am Si-Rhodamin-Grundgerüst.

³ Teile dieses Kapitels wurden bereits veröffentlicht: "Radiolabeled Silicon-Rhodamines as Bimodal PET/SPECT-NIR Imaging Agents", T. Kanagasundaram, M. Laube, J. Wodtke, C. S. Kramer, S. Stadlbauer, J. Pietzsch, K. Kopka, *Pharmaceuticals* **2021**, *14*, 1155.

Die Bildung von aromatischen C_{Aryl}-Fluor-Bindungen ist strategisch vorteilhaft, da die chemische Bindung zwischen dem Kohlenstoff und dem Fluor als stabil gilt.^[280] So beträgt beispielsweise die Dissoziationsenergie der C_{Aryl}-Fluor-Bindung im Fluorbenzol 526 kJ/mol und ist somit vergleichbar mit einer starken Silizium-Fluorid-Bindung (Bindungsenergie: 576±17 kJ/mol).^[268] Die starke C_{Aryl}-Fluor-Bindung verspricht hohe Stabilitäten *in vitro* oder *in vivo* und kann zu einer Reduktion von erhöhten Hintergrundsignalen in der PET-Bildgebung führen, da eine mögliche Freisetzung von Fluor-18 aus dem aromatischen Grundgerüst erschwert wird.

Bisher sind nur wenige radiofluorierte und niedermolekulare Fluoreszenzfarbstoffe aus der Literatur bekannt.^[15, 281] Eine Auswahl an Fluor-18-markierten Farbstoffen wurde bereits in Abbildung 5 gezeigt. Demnach besitzen die literaturbekannten und radiomarkierten Farbstoffe $[^{18}F]F$ -Rhodamin B **33** (A_m =2.5 GBq/µmol) und $[^{18}F]F$ -BODIPY **34** (A_m =51.8 GBq/µmol) entweder eine geringe molare Aktivität und/oder ungünstige optische Eigenschaften im sichtbaren Bereich des elektromagnetischen Spektrums.^[15, 281] Außerdem wird vor allem in radiofluorierten BODIPY-Farbstoffen oftmals von einer Defluorierung in vivo berichtet.^[282-284] Diese wesentlichen Nachteile können durch Verwendung der NIR-Farbstoffe der Si-Rhodamin-Farbstoffklasse und der Einführung einer stabilen aromatischen Kohlenstoff-Fluor-Bindung verbessert werden. Die Versuche zur Radiofluorierung an einfachen Si-Rhodaminen als Modellverbindungen dienen dazu, dass die erhaltenen optimierten Bedingungen in darauffolgenden Schritten auf biokonjugierbare Si-Rhodamine angewendet werden können. Somit sollen die erfolgreich radiofluorierten und biokonjugierbaren Si-Rhodamine mit diversen Targetvektoren (u.a. PSMA-Bindungsmotiv oder Indomethacin) versehen werden, um eine selektive Anreicherung in unterschiedlichem Tumorgewebe zu erreichen. Da bisher keine Informationen zu den radiofluorierten Si-Rhodaminen vorliegen, müssen neben der ausführlichen Bestimmung der optischen und radiochemischen Eigenschaften (z.B. UV-Vis-NIR-Spektren, Quantenausbeuten, Photostabilitäten und molare Aktivität) auch Hinweise auf eine mögliche Defluorierung der radiofluorierten Si-Rhodamine in wässriger Lösung aber auch in (humanem) Serum getestet werden, um generelle Aussagen über eine mögliche Instabilität und somit der Freisetzung von radioaktivem Fluorid aus dem Si-Rhodamin-Grundgerüst zu treffen.

Zur Radiofluorierung von aromatischen Verbindungen sind unterschiedliche Methoden aus der Literatur bekannt.^[6] Da Si-Rhodamine aufgrund der elektronenschiebenden Silan-(+I-Effekt) und Aminogruppen (+M-Effekt) eine hohe Elektronendichte am Aromaten-Grundgerüst besitzen, sollte zur Radiofluorierung vorzugsweise eine elektrophile aromatische Fluorierungsmethode gewählt werden. Die elektrophile aromatische Fluorierung ist beispielsweise durch Umsetzung mit molekularem Fluor (F₂) möglich. Jedoch ergeben Arbeiten mit molekularem [¹⁸F]F₂-Gas theoretische radiochemische Ausbeuten von maximal 50% verbunden mit geringen molaren Aktivitäten und stellen zusätzlich erhöhte strahlenschutztechnische Anforderungen an den experimentellen Aufbau, da mit einem radioaktivem Gas umgegangen werden muss.^[285-286] Aus diesen Gründen lag der Fokus auf Radiofluorierungsmethoden, auf nukleophilen modernen welche aromatischen Radiofluorierungen beruhen und unter klassischer nukleophiler aromatischer Substitutionen schwer zugänglich sind. So ist eine Methode die Kupfer-vermittelte Radiofluorierung von aromatischen Borverbindungen, welche von den Gruppen um Wright, Mossine und Zischler et al. ausgiebig untersucht wurden.^[256, 287-289] Diese Methode erlaubt Radiofluorierungen von elektronenreichen aber auch elektronenarmen aromatischen Verbindungen.^[256] Aus diesem Grund wurde für das Si-Rhodamin als Abgangsgruppe eine auf Bor-basierende Gruppe wie ein Boronsäurepinakolester oder eine freie Boronsäure gewählt und anschließend für die Kupfer-vermittelte Radiofluorierung, gemäß Schema 22, vorbereitet.

Zunächst wurden Si-Rhodamine synthetisiert, welche eine Boronsäure am freien Phenylring tragen und somit als Vorläuferverbindungen für die Kupfer-vermittelte Radiofluorierung verwendet werden sollen. Um zu untersuchen, welche Position des Phenylrings bevorzugt bei der Kupfer-vermittelten Radiomarkierung mit Fluor-18 markiert wird, wurden die Boronsäuren an der *ortho*-, *meta*- und *para*-Position des Phenylrings, relativ zum Xanthen-Grundgerüst des Si-Rhodamins, platziert. Außerdem sollte untersucht werden, inwiefern die unterschiedlichen Positionen die optischen Eigenschaften (Absorptions- und Emissionsmaximum, molarer Extinktionskoeffizient und die Quantenausbeute) beeinflussen.

In Schema 23 sind die Darstellungsmöglichkeiten der auf Bor basierenden Si-Rhodamine, gezeigt, welche als Radiomarkierungsvorläufer für die Kupfer-vermittelte Radiofluorierung gelten.

Zur Kupfer-vermittelten Radiomarkierung von Bor-basierten Vorläufern werden auch Phenylboronsäurepinakolester genutzt.^[256, 288-289] Aus diesem Grund wurde zunächst versucht, ausgehend vom kommerziell erhältlichen 4-Bromophenyl-Boronsäurepinakolester, ein entsprechendes Pinakolester-funktionalisiertes Si-Rhodamin **96**, darzustellen. Hierbei wurde, mit den bereits bekannten Bedingungen des Lithium-Halogen-Austausches, mit zwei Äquivalenten *tert*-Butyllithium in THF bei –78 °C ein Lithiierungsansatz getestet. Nach Lithiierung bei –78 °C wurde zur resultierenden schwarzen Lösung das Si-Xanthon **48** hinzugegeben. Nach wässrig-saurer Aufarbeitung wurde festgestellt, dass kein Umsatz des Si-Xanthons **48** mit der vermeintlich lithiierten Borverbindung stattgefunden hat, da das Si-Xanthon **48** laut Dünnschichtchromatographie auf Kieselgelplatten (DCM/MeOH 9:1) unverändert vorlag. Dieses Ergebnis ist vermutlich auf die Reaktionsträgheit des trigonalplanaren Bors am Pinakolester zurückzuführen. Die Neigung des Bors, als Lewis-Säure in Gegenwart von Organolithium-Verbindungen zu wirken, führt möglicherweise zu unerwünschten Nebenreaktionen, die die Lithium-Brom-Austauschreaktion verhindern.^[290-291]

Folglich wird die nukleophile Addition an das Si-Xanthon **48** erschwert. Um die Lewis-Acidität des Bors an den Phenylboronsäuren **97a–97c** zu erniedrigen, wurde das Bor mit einer Schutzgruppe versehen, welche der harschen Bedingungen während des Halogenid-Metall-Austausches standhalten sollte.



a) Fehlgeschlagene Synthese eines Boronsäure Pinakolester-funktionalisierten SiRs 96



c) Synthese der Boronsäure-funktionalisierten Vorläuferverbindungen 100a-c



d) Alternative Synthese der Boronsäurepinakolester-funktionalisierten Vorläuferverbindung 96



Schema 23: Überblick über die Methoden zur Synthese von auf Bor basierenden Si-Rhodaminen. a) Versuch zur Synthese eines Pinakolester-funktionalisierten Si-Rhodamins 96. b) Synthese von geschützten Boronaten 99a–99c. c) Synthese der Si-Rhodamine 100a–100c aus nukleophilen Additions- und Eliminierungsreaktionen, ausgehend von geschützten Boronaten und dem Si-Xanthon 48. d) Alternative Synthese eines Pinakolester-funktionalisierten Si-Rhodamins 96. Die freien Boronsäuren der Aromaten wurden zunächst mit dem tridentaten Liganden *N*-Butyldiethanolamin (**98**) versehen, um die entstehenden tertraedrischen Boronate **99a–99c** in der Lithium-Bromid-Austauschreaktion zu schützen aber auch eine hohe Effizienz im Lithium-Halogen-Austausch zu gewährleisten. Dabei fand die Chelatisierung des Bors nach einer Vorschrift von Durka *et al.* in Toluol unter Erwärmung bei 60 °C für zwei Stunden statt (Schema 23b).^[292] Nach Entfernung des Toluols wurde der entstandene farblose Niederschlag mit *n*-Hexan und Diethylether gewaschen und über Nacht im Hochvakuum getrocknet. Schließlich wurden die Arylboronate **99a–99c** mit sehr guten Ausbeuten von 89% (**99a**), 86% (**99b**) und 91% (**99c**) synthetisiert. Die erfolgreiche Synthese wurde mit ¹H-, ¹¹B-, ¹³C-NMR-Spektroskopie und HR-ESI-MS bestätigt.

Im nächsten Schritt wurden die halogenierten Arylboronate 99a-99c bei -78 °C mit tert-Butyllithium (zwei Äquivalente) in situ lithiiert. Danach erfolgte ebenfalls bei -78 °C die nukleophile Additionsreaktion an den Carbonylkohlenstoffatom des Si-Xanthons 48. Nach anschließender Zugabe einer wässrigen Lösung von Salzsäure (3 M) wurden die Boronat-Schutzgruppen abgespalten und die Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamine 100a–100c erhalten. Da die Si-Rhodamine 100a–100c nach einer säulenchromatographischen Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 88:12 auf Kieselgel, mit 0.2% v/v AcOH als Additiv) nicht analysenrein vorlagen, wurden die nach der säulenchromatographischen Reinigung erhaltenen Produkte einer weiteren Aufreinigung mittels semi-präparativer HPLC unterzogen (10–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, System 2). Durch Nutzung von TFA im Eluent konnte auch gewährleistet werden, dass final Trifluoracetat als negativ geladenes Gegenion der kationischen Si-Rhodamine vorliegt. Dies konnte anhand von ¹⁹F-NMR-Messungen der HPLC aufgereinigten Si-Rhodamine bestätigt werden. Nach HPLC-Aufreinigung wurden die unterschiedlichen Regioisomere der Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamine 100a-100c mit moderaten Ausbeuten zwischen 49% und 68% erhalten. Der Grund für die durchschnittlichen Ausbeuten ist vor allem die Nutzung der zwei aufeinanderfolgenden Aufreinigungsschritte, da Methoden nach beiden (Säulenchromatographie und HPLC) ein Produktverlust festzustellen war.

Die nach der HPLC aufgereinigten analysenreinen Si-Rhodamine wurden mittels ¹H-, ¹¹B-, ¹³C- und ¹⁹F-NMR charakterisiert. Dabei zeigte das ¹⁹F-NMR-Spektrum für alle drei Regioisomere die Anwesenheit des Trifluoracetats als Gegenion mit einer charakteristischen chemischen Verschiebung bei δ =-77.4 ppm(CF₃COO⁻). Das ¹¹B-NMR-Spektrum zeigt ebenfalls das charakteristische Signal des Bors der Phenylboronsäuren mit chemischen Verschiebungen zwischen 26 ppm und 28 ppm.^[292-296] Zudem sprechen die HR-ESI-MS Spektren der kationischen Regioisomere mit einem Signal des Molekülions von *m/z*=429 (berechnet: *m/z*=429.2165; *m/z*(**100a**)=429.2173, *m/z*(**100b**)=429.2164, *m/z*(**100c**)=429.2175) für die erfolgreiche Synthese.

Da die Synthesemethode zum Boronsäurepinakolester-funktionalisierten Si-Rhodamin 96 (Schema 23a) erfolglos war, wurde das Boronsäure-funktionalisierte Si-Rhodamin 100a mit 1,1,2,2-Tetramethylethylenglykol (Pinakol, 101) in Acetonitril für sechs Stunden bei 70 °C erwärmt, um eine zweifache Kondensation des Pinakols mit dem Si-Rhodamin 100a zu erreichen. Diese alternative Syntheseroute führte erfolgreich zum Boronsäurepinakolesterfunktionalisierten Si-Rhodamin 96. Das erhaltene Rohprodukt wurde nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 92:8 auf Kieselgel) mit einer hohen Ausbeute von 98% synthetisiert. Da Boronsäurepinakolester in saurer Umgebung, aufgrund einer erhöhten Instabilität zu den entsprechenden Boronsäuren hydrolysieren bzw. einer Protodeborylierung unterliegen können, wurde der Pinakolester 96 nicht mittels HPLC, sondern lediglich säulenchromatographisch aufgereinigt.^[297-298] Im Gegensatz zur doppelten Aufreinigungsstrategie der Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamine 100a-100c konnte das Si-Rhodamin 96 nach säulenchromatographischer Reinigung mit hoher Reinheit erhalten werden. **96** wurde mit den gängigen Spektroskopiemethoden (¹H-, ¹¹B- und¹³C-NMR), aber auch mithilfe der HR-ESI-Massenspektrometrie nachgewiesen. Da das ¹⁹F-NMR-Spektrum kein entsprechendes ¹⁹F-NMR-Signal von Trifluoroacetat-Ionen zeigte, wird von Chloriden als Gegenionen ausgegangen, welche aus der Aufarbeitung einer gesättigten Natriumchlorid-Lösung stammen.

Im nächsten Schritt wurden die entsprechenden nicht-radioaktiven Fluor-Referenzsubstanzen **103a–103c** synthetisiert. Die Darstellung von **103a–103c** erfolgte analog zu den Bedingungen der vorangegangenen Methoden durch nukleophile Additions- und Eliminierungsreaktionen der entsprechenden fluorierten Arylbromide **102a–102c** am Si-Xanthon **48** (Schema 24). So konnten die fluorierten Regioisomere **103a–103c** mit Ausbeuten von 83% (*para*-SiR **103a**), 49% (*meta*-SiR **103b**) und 56% (*ortho*-SiR **103c**) nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 92:8 auf Kieselgel) und anschließender HPLC-Aufreinigung (30–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System 2*) synthetisiert werden (Schema 24). Zusätzlich zu den ¹H- und ¹³C-Spektren zeigen die ¹⁹F-NMR-Spektren die Anwesenheit der Trifluoracetat-Anionen für **103a–103c** (ca. δ =-77.4 ppm (CF₃COO⁻)) aber auch bei einer chemischen Verschiebung von ca. δ =-114 ppm die Fluorsignale, welche direkt am Phenylring lokalisiert sind.

Synthese der nicht-radioaktiven Referenzverbindungen



Schema 24: Synthese der nicht-radioaktiven Si-Rhodamine 103a–103c als Referenzsubstanzen, ausgehend von den kommerziell erhältlichen und fluorierten Arylbromiden 102a–102c.

Nun wurden die optischen Eigenschaften der synthetisierten Si-Rhodamine **96**, **100a–100c** und **103a–103c** untersucht. Hierbei wurde ein Augenmerk auf den Einfluss der unterschiedlichen Positionen der Boronsäure-/des Boronsäurepinakolesters und der Fluoratome am Phenylring des Si-Rhodamins auf die optischen Eigenschaften gelegt.

In Tabelle 13 ist eine Zusammenstellung der optischen Charakteristika der Si-Rhodamine in DMSO und PBS (Maximalgehalt DMSO: 0.5%; pH=7.4) veranschaulicht. Zur Bestimmung der Quantenausbeuten Φ_F wurde als Referenzfarbstoff das Nilblau A in Ethanol ($\Phi_F=0.27$) verwendet. Die dazugehörigen UV-Vis-NIR-Spektren sind im Experimentalteil gezeigt (**6.4**).

Tabelle 13: Überblick der optischen Eigenschaften der synthetisierten Si-Rhodamine in DMSO und PBS (pH=7.4) oder HCI (aq, 0.1 M) bei Raumtemperatur. Die Messungen der optischen Eigenschaften in PBS erfolgte mit einer genutzten DMSO-Stammlösung und einem Maximalgehalt von 0.5% v/v an DMSO. Die Anregung der Si-Rhodamine fand bei einer Wellenlänge von $\lambda_{Anregung}$ =650 nm statt. Als Referenzfarbstoff diente Nilblau A in Ethanol (Φ_{F} =0.27).^[299]

SiR	Lösungsmittel	λ_{abs} [nm]	ε _{max} [M ⁻¹ cm ⁻¹]	λ _{em} [nm]	Φ _F ^[a]
100a	DMSO	659	67.800	677	0.149
	PBS (<i>pH</i> =7.4) ^[b]	646	61.700	662	0.104
100b	DMSO	659	106.600	678	0.094
	PBS (<i>pH</i> =7.4) ^[b]	647	61.700	661	0.182
100c	HCI (aq, 0.1 M)	644	17.500	667	0.197
96	DMSO	660	57.900	677	0.162
	PBS (<i>pH</i> =7.4) ^[b]	643	47.600	660	0.135
103a	DMSO	663	143.900	682	0.134
	PBS (<i>pH</i> =7.4) ^[b]	649	88.700	665	0.115
103b	DMSO	666	113.400	682	0.124
	PBS (<i>pH</i> =7.4) ^[b]	650	51.100	666	0.075
103c	DMSO	671	94.900	687	0.149
	PBS (<i>pH</i> =7.4) ^[b]	655	54.200	671	0.221

Die in DMSO, PBS (*pH*=7.4) oder HCI (0.1 M) erhaltenen UV-Vis-NIR-Spektren zeigen die typischen Absorptions- und Emissionsmuster, welche charakteristisch für Si-Rhodamine sind

und bereits in Abbildung 8 gezeigt wurden. Zusätzlich ähneln die Spektren denen literaturbekannter Si-Rhodamine.^[131-132, 150]

Außerdem zeigen die Ergebnisse, dass die synthetisierten Si-Rhodamine ihre Absorptionsund Emissionsmaxima im tiefroten- bis NIR-Spektralbereich zwischen 640 nm und 680 nm besitzen und somit interessant für biologische Anwendungen sind. Der Vergleich der Absorptions- und Emissionseigenschaften in unterschiedlichen Lösungsmitteln zeigt eine bathochrome Verschiebung der optischen Eigenschaften von PBS zu DMSO. Dies ist möglicherweise auf negative solvatochromische Effekte zurückzuführen. Zusätzlich lässt sich aus den Absorptions- und Emissionsspektren erkennen, dass die Stokes-Verschiebungen erwartungsgemäß klein bleiben (14 nm-23 nm). Dieser Effekt ist auf eine kleine und somit geringe Änderung des elektrischen Dipolmoments zwischen dem Grund- und dem angeregten Zustand zurückzuführen und verleiht dem UV-Vis-NIR-Spektrum das bereits beschriebene spiegelähnliche Muster. Allgemein liegen die molaren Absorptionskoeffizienten der analysierten Si-Rhodamine in den polar protischen und wässrigen Lösungsmitteln (PBS oder HCl (0.1 M)) niedriger (17.500 M⁻¹cm⁻¹-88.700 M⁻¹cm⁻¹) als in DMSO (57.900 M⁻¹cm⁻¹-143.900 M⁻¹cm⁻¹). Dies kann auf die höhere Löslichkeit der eher lipophilen Si-Rhodamine in organischen Lösungsmitteln zurückgeführt werden. Außerdem zeigen die hohen molaren Absorptionskoeffizienten vor allem in DMSO, dass die Werte im Bereich von Charge-Transfer-(MLCT/LMCT; Metallkomplexen >100.000 M⁻¹cm⁻¹) liegen.^{[99,} 101] Der molare Absorptionskoeffizient von 100c in HCI (0.1 M) zeigt, aufgrund eines besonderen Effekts, einen ziemlich niedrigen Wert von 17.500 M⁻¹cm⁻¹. Dies ist auf die *ortho*-ständige Boronsäure am Phenylring relativ zum Xanthen-Gerüst zurückzuführen. Die freie Boronsäure kann im basischen Milieu das ausgedehnte und konjugierte π -System aufheben, indem im chemischen Gleichgewicht sogenannte Spiroboronate wie 104 oder 105 gebildet werden können (Schema 25).^[300] Die Ausbildung der Spiroboronat-Verbindungen führt zum Verlust der Emission im sichtbaren Bereich und folglich ist der Farbstoff im basischen Milieu farblos. Aus diesem Grund wurden die optischen Eigenschaften in einer salzsauren Lösung gemessen, um das chemische Gleichgewicht in Richtung des fluoreszenten und offenen Si-Rhodamins 100c zu verschieben. Es wurde festgestellt, dass dieser Prozess reversibel ist. Das beschriebene Phänomen ist in Schema 25 gezeigt und wurde bereits in 1.6.2 für lactonartige Si-Rhodamine beschrieben.

Das simple Schalten zwischen der fluoreszenten und offenen mit der nicht-fluoreszenten und geschlossenen Form wird beispielsweise für die sensorische Detektion von Analyten wie einfachen Anionen (z. B. Fluoride), Zuckern oder Zellorganellen wie Lysosomen angewandt.^[300-302] Dies wurde bereits mit verwandten (Si-)Rhodaminen und anderen Fluoreszenzfarbstoffen gezeigt und wurde im Rahmen dieser Arbeit nicht näher untersucht, da besonders die Radiofluorierung des Si-Rhodamins im Fokus stand.^[300-301]

Die nicht-radioaktiven und fluorierten Si-Rhodamine **103a–103c** zeigen, im Vergleich zu den Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamine **100a–100c**, insbesondere in DMSO hohe molare Absorptionskoeffizienten (94.900 M⁻¹cm⁻¹–143.900 M⁻¹cm⁻¹). Da im Vergleich zum *ortho*-Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamin **100c** (17.500 M⁻¹cm⁻¹) das *ortho*-ständige Fluoratom in **103c** keine lactonartige Spiroverbindung ausbilden kann, bleibt der molare Absorptionskoeffizient verhältnismäßig hoch (54.200 M⁻¹cm⁻¹ in PBS).



fluoreszentes und offenes SiR

nicht-fluoreszentes und geschlossenes Spiroboronat

Schema 25: Die Ausbildung von farblosen und nicht-fluoreszenten Spiroboronaten **104** oder **105** im basischen Milieu durch das blaue und fluoreszente *ortho*-Boronsäure-funktionalisierte Si-Rhodamin **100c**.

Die Bestimmung der Quantenausbeuten zeigte moderate Werte in wässriger Lösung (PBS/HCI (0.1 M); 0.08–0.22) und DMSO (0.09–0.16). Insbesondere die Quantenausbeuten des ortho-substituierten und Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamins 100c (0.20 in HCI (0.1 M)), aber auch des ortho-fluorierten Si-Rhodamins 103c (0.22 in DMSO) zeigen die höchsten Werte der Fluoreszenz. Dies ist sicherlich auf die Hemmung des photoinduzierten Elektronentransfers (PeT) durch ortho-ständige Substituenten am Si-Rhodamin zurückzuführen und wurde bereits in zahlreichen Publikationen diskutiert.^[131, 134] Die experimentell bestimmten Quantenausbeuten im wässrigen Medium liegen in ähnlichen Größenordnungen wie die klinisch zugelassenen Fluoreszenzfarbstoffe Protoporphyrin IX (PPIX; $\Phi_F=0.08$) und Indocyaningrün (ICG; $\Phi_F=0.09$).^[241]

Im nächsten Schritt wurde die Photostabilität der nicht-radioaktiven Si-Rhodamine in PBS (*pH*=7.4) und DMSO untersucht, da es essentiell ist, dass die organischen

Fluoreszenzfarbstoffe eine geeignete Photostabilität aufweisen, um erfolgreich für klinische Applikationen (z.B. Fluoreszenz-gestützte Chirurgie) eingesetzt zu werden.

Zur Untersuchung der Photostabilitäten der organischen Fluoreszenzfarbstoffe wurden die Farbstoffe zunächst in PBS oder DMSO gelöst und anschließend die Emission vor Bestrahlung mit NIR-Licht gemessen. Als Referenzfarbstoff wurde der kommerziell erhältliche Farbstoff Abberior[®] STAR 635P genutzt, da dieser nach Herstellerangaben eine geringe Tendenz zum Photobleichen besitzt und somit ziemlich photostabil ist.^[303]

Die Bestrahlung der Proben erfolgte analog zu den bereits dargestellten Experimenten (Kapitel: **3.2**) mit einer Wellenlänge von 640 nm, da hier laut der Absorptionsspektren eine hohe Absorption der Farbstoffe erwartet wird. Für die Experimente wurde ein gepulster Laser (20 kW, Pulsbreite<10 µs) als Strahlungsquelle verwendet. Die Ergebnisse der Bestrahlung der nicht-radioaktiven Si-Rhodamine **103a–103c** sind in Abbildung 13 aufgezeigt.



Abbildung 13: Gegenüberstellung der Photostabilitätsexperimente der Silizium-Rhodamine **103a–103c** und Abberior[®] STAR 635P nach Bestrahlung mit einer Wellenlänge von 640 nm bei Raumtemperatur und Messung der Emissionen. Die Proben wurden bis zu zwei Stunden mit einem gepulsten Laser (20 kW, Pulsbreite<10 µs) in PBS (+1% DMSO) oder in DMSO bestrahlt. Die Konzentrationen der Proben betrugen zwischen 5 µM und 10 µM.

Wie bereits in den vorangegangenen Photostabilitätsexperimenten der Si-Rhodamine **73**, **74**, **76** und **77** gezeigt wurde, wird aus Abbildung 13 ebenfalls ersichtlich, dass **103a–103c** eine hohe Photostabilität in PBS aufweisen. So konnte nach zwei Stunden Bestrahlung eine Abnahme der Emission von maximal 12% für das Si-Rhodamin **103b** festgestellt werden. Die

anderen Regioisomere **103a** und **103c** zeigten ebenfalls eine Abnahme von weniger als 10% nach zwei Stunden. Diese Beobachtung spricht für eine hohe Photostabilität der Si-Rhodamine. Interessanterweise zeigen, unter analogen Bedingungen, das Si-Rhodamin **103a** (Abnahme: 31%) und Abberior[®] STAR 635P (Abnahme: 25%) in DMSO eine erhöhte Zersetzung durch Bestrahlung mit einer Wellenlänge von 640 nm. Da jedoch für biologische Anwendungen eher wässrige Lösungen wie PBS genutzt werden als reine organische Lösungsmittel wie DMSO, ist diese Erkenntnis nicht allzu ausschlaggebend für weitere Experimente.

Die nachgewiesene hohe Photostabilität der Si-Rhodamine ist ein wesentlicher Vorteil der Farbstoffe für medizinische Anwendungen und liegt somit im Kontrast zu konventionellen Farbstoffen wie Indocyaningrün oder Fluorescein, welche eine geringe Photostabilität nach Bestrahlung aufweisen.^[241, 246, 304]

Im Folgenden wurde nun die Radiofluorierung der Bor-basierenden Si-Rhodamine, welche als Vorläufer zur Fluor-18-Radiomarkierung dienten, ausführlich untersucht (Schema 26). Die Optimierung der Radiofluorierung erfolgte durch Variierung verschiedener Parameter, um eine möglichst hohe radiochemische Umsetzung (RCC, engl.: *"radiochemical conversion"*) und radiochemische Ausbeute zu erreichen (Schema 26).



Schema 26: Versuche zur Radiofluorierung der auf Bor-basierenden Vorläufer 100a–100c unter verschiedenen Bedingungen.

Zu Beginn wurde das symmetrische Si-Rhodamin **100a** genutzt, um die Radiofluorierung zu testen und die Synthese zu optimieren. Anschließend wurden die optimierten Bedingungen der Radiofluorierung auf die anderen Bor-basierenden Si-Rhodamine angewandt. Die Ergebnisse der Radiofluorierung der Si-Rhodamine **96** und **100a–100c** sind in Tabelle 14 aufgeführt.

Die Kupfer-vermittelten Radiofluorierungen wurden in Mikroansätzen mit Probenvolumen zwischen in 25–50 µL HPLC-Flaschen durchgeführt. Aus der Literatur sind überwiegend Reaktionsansätze bekannt, welche in verhältnismäßig großen Maßstäben mit Probenvolumen zwischen 0.5–1 mL ausgeführt werden.^[256, 285-289]

Tabelle 14: Überblick über die durchgeführten Radiofluorierungsexperimente, ausgehend von den auf Bor basierenden Si-Rhodaminen **96** und **100a–100c** und den unterschiedlichen Bedingungen. Die Evaluierung der Reaktionen erfolgte durch Betrachtung der ermittelten radiochemischen Umsetzungen (RCC) und der radiochemischen Ausbeuten (RCY).

Eintrag	Vorläufer	Elutionsmethode	[Cu]-Komplex	Lösungsmittel	Temperatur	Zeit	Verhältnis	RCC	RCY
							Vorläufer:[Cu]		
1	100a	DMAPH ⁺ OTf ^{- [a]}	[Cu(OTf) ₂ (py) ₄]	DMA	100 °C	20 min	1:4	3% ^[d]	-
2				DMA	110 °C	20 min	1:4	6% ^[d]	-
3				DMA	120 °C	20 min	1:4	25% ^[d]	14.0±0.3%
									(<i>n</i> =3)
4				DMF	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
5				DMA	120 °C	20 min	4:1	0% ^[d]	-
6				DMA	120 °C	40 min	1:4	10% ^[d]	-
7				DMA	140 °C	20 min	1:4	10% ^[d]	-
8				DMA	140 °C	40 min	1:4	5% ^[d]	-
9				DMA	160 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
10				DMA	160 °C	40 min	1:4	0% ^[d]	-
11	100b			DMA	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
12	100c			DMA	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
13	100a	n-BuOH/TEAHCO3 [b]		DMA	120 °C	20 min	1:4	16% ^[d]	15% (<i>n</i> =1)
14				DMA	120 °C	20 min	1:1	12% ^[e]	-
15				DMA	120 °C	20 min	4:1	4% ^[e]	-
16	100b			DMA	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
17	100c			DMA	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
18	100a	KOTf/K2CO3[c]		DMA	120 °C	20 min	1:4	35% ^[d]	25±4% (<i>n</i> =3)
19				DMI	120 °C	20 min	1:4	70% ^[d]	54±1% (<i>n</i> =2)
20	100b			DMI	120 °C	20 min	1:4	48% ^[d]	33% (<i>n</i> =1)
21	100c			DMI	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
22	100a		[Cu(OTf) ₂ (impy) ₄]	DMA	120 °C	20 min	1:4	18% ^[d]	-
23	100b			DMA	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
24	100c			DMA	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
25	96		[Cu(OTf) ₂ (py) ₄]	DMA	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-
26				DMI	120 °C	20 min	1:4	0% ^[d]	-

[a] Die Elution wurde mit einer Lösung aus 4-(Dimethylamino)-pyridiniumtriflat (DMAPH+OTf; 6.8 mg in 500 µL DMA/DMF) und einer WAX-Anionenaustausch-Kartusche (WAX, engl.: "weak anion exchange cartridge") durchgeführt. [b] Die Elution wurde einer mit Lösung aus Tetraethylammoniumhydrogencarbonat (TEAHCO₃; 2.7 mg in 400 µL n-Butanol) und einer QMA-Kartusche (QMA, engl.: "guarternary methyl ammonium cartridge") durchgeführt. [c] Die Elution wurde mit einer Lösung aus Kaliumtrifluormethansulfonat (KOTf; 5 mg) und Kaliumcarbonat (50 µg) in Wasser (500 µL) und Acetonitril (1 mL) und einer QMA-Kartusche durchgeführt. Nach Elution wurde das Lösungsmittelgemisch bei 130 °C, mithilfe eines Heliumstroms, entfernt. [d] Die radiochemische Umsetzung wurde mittels UHPLC oder [e] über die Radio-DC ermittelt. DMA: Dimethylacetamid; DMI: 1,3-Dimethyl-2-imidazolidinon.

Die Verwendung dieser Mikroansätze, unter Beibehaltung der selben Stöchiometrie der Makroansätze, verspricht einen nicht allzu hohen Substanzverbrauch und ermöglicht zusätzlich die Untersuchung vieler Reaktionsansätze in relativ kurzer Zeit.^[305] Diese Strategie ist somit vor allem für Arbeiten mit dem kurzlebigen Radionuklid Fluor-18 vorteilhaft. Des Weiteren führt die Ausführung der Radiofluorierungen in Minimalmaßstäben zu einer

geringeren Gefahr der Kontaminationen der Reaktionen durch nicht-radioaktives Fluor-19, da die Verwendung von geringeren Mengen an Vorläufern, Lösungsmitteln und Reaktanden die Wahrscheinlichkeit von Fluor-19-Verunreinigungen mindert. Dies kann zu höheren molaren Aktivitäten führen.^[306] Wie bereits aufgezählt, wurden zur Kupfer-vermittelten Radiofluorierung der Si-Rhodamine zunächst literaturbekannte Methoden nach Antuganov, Mossine, Tredwell und Zischler *et al.* zur Radiofluorierung der Arylboronsäuren **100a–100c** und des Phenylpinakolesters **96** angewandt.^[287, 289, 307-308] Die angegeben radiochemischen Umsetzungen (RCCs) wurden entweder mittels radioaktiver Dünnschichtchromatographie (Radio-DC) (DCM/MeOH 85:15 auf Kieselgel) oder mithilfe einer geeigneten analytischen UHPLC-Methode (25–75% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 4.0 Minuten, *System* 7) analysiert. Dabei wurde die radiochemische Umsetzung bestimmt, indem das Verhältnis zwischen freiem [¹⁸F]Fluorid und dem entstandenen radiofluoriertem Si-Rhodamin in absoluten Prozentzahlen berechnet wurde.

Im ersten Schritt wurde die Radiofluorierung der Si-Rhodamine **100a–100c** nach Antuganov et al. mit dem Kupfer(II)-Komplex Tetrakis(pyridin)kupfer(II)bis(trifluormethansulfonat) [Cu(OTf)₂(py)₄] und unterschiedlichen Verhältnissen zwischen dem Vorläufer und dem Kupfer(II)-Komplex durchgeführt (Tabelle 14; Einträge: 1–12).^[307] Demnach wurde nach Fixierung des freien [¹⁸F]Fluorids auf einer WAX-Anionenaustausch-Kartusche (WAX, engl.: "weak anion exchange cartridge") das [18F]Fluorid mithilfe einer Lösung aus N,N,-(4-Dimethylamino)-pyridinium-trifluormethansulfonat (DMAPH⁺OTf⁻) in Dimethylacetamid (DMA) eluiert. Anschließend wurde das Eluat zu einer Mischung aus dem Vorläufer 100a (0.40 µmol; ein Äquivalent) und dem Kupfer-Komplex [Cu(OTf)₂(py)₄] (1.60 µmol, vier Äquivalente) im Stoffmengenverhältnis 1:4 gegeben. Das Gesamtvolumen der Reaktion in der HPLC-Flasche betrug 40 µL. Anschließend wurde die Reaktion für 20 Minuten auf 100 °C erhitzt und danach die Reaktionsmischung mittels Radio-HPLC analysiert (Eintrag: 1). Nach Auswertung der Radio-HPLC wurde lediglich ein Umsatz von 3% festgestellt. Aus diesem Grund wurde eine Variation der Temperaturen (100 °C-160 °C), aber auch der Reaktionszeiten (20 Minuten-40 Minuten) durchgeführt, um die höchstmögliche radiochemische Umsetzung zu erhalten (1-3 und 6–10) und um die Reaktion zu optimieren. Die Ergebnisse sind in Tabelle 15 gezeigt und in Abbildung 14 veranschaulicht.
Tabelle 15: Überblick über die durchgeführten Optimierungsversuche zur Radiofluorierung von **100a** mit Pyridinium-trifluormethansulfonat (DMAPH+OTf-) in DMA als Elutionslösung, dem Kupfer(II)-Komplex Tetrakis(pyridin)kupfer(II)bis(trifluormethansulfonat) [Cu(OTf)₂(py)₄] und einem Stoffmengenverhältnis von 1:4 (Verhältnis Vorläufer zu Kupfer(II)-Komplex) bei verschiedenen Reaktionstemperaturen und Reaktionszeiten. Die RCCs wurden nach Auswertung der entsprechenden Radio-HPLC-Chromatogramme ermittelt.

Temperatur	RCC nach 20 min	RCC nach 40 min	
100 °C	1,5±2,1% (<i>n</i> =2)	-	
110 °C	4,9±2,1% (<i>n</i> =2)	-	
120 °C	16,7±3,8% (<i>n</i> =7)	10,4% (<i>n</i> =1)	
140 °C	10,4% (<i>n</i> =1)	4,9% (<i>n</i> =1)	
160 °C	0% (<i>n</i> =1)	0% (<i>n</i> =1)	

Aus Tabelle 15 und Abbildung 14 wird genau ersichtlich, dass die höchsten radiochemischen Umsetzungen für eine Reaktionstemperatur von 120 °C und der Reaktionszeit von 20 Minuten erhalten wird (RCC: 16,7 \pm 3,8% (*n*=7)). Höhere Temperaturen und längere Reaktionszeiten führen zu einer Abnahme der RCCs.



Abbildung 14: Abhängigkeit der Reaktionstemperatur und Reaktionzeit der Radiofluorierung von 100a mit Pyridinium-trifluormethansulfonat (DMAPH+OTf-) in DMA als Elutionslösung, dem Kupfer(II)-Komplex Tetrakis(pyridin)kupfer(II)bis(trifluormethansulfonat) [Cu(OTf)₂(py)₄] und einem Stoffmengenverhältnis von 1:4 (Verhältnis Vorläufer zu Kupfer(II)-Komplex). Die RCCs wurden nach Auswertung der entsprechenden Radio-HPLC-Chromatogramme ermittelt.

Folglich lässt sich für diese Elutionsmethode und den Ergebnissen feststellen, dass die optimalen Bedingungen zur Radiofluorierung von **100a** bei einer Reaktionstemperatur von

120 °C und einer Reaktionszeit von 20 Minuten liegen. Die Isolierung des radioaktiven Si-Rhodamins [¹⁸F]103a nach HPLC-Aufreinigung, Festphasenextraktion (SPE, engl.: *"solid phase extraction"*) und anschließender Entfernung des Lösungsmittels Acetonitril (mit 0.1% TFA als Additiv) unter reduziertem Druck und bei 80 °C ergab eine radiochemische Ausbeute von 14.0±0.3% (*n*=3) mit einer sehr hohen radiochemischen Reinheit von über 99%. Interessanterweise zeigt sich, dass die Reaktion unter analogen Bedingungen in Dimethylformamid (DMF) anstatt DMA keine Umsetzung zeigt (Tabelle 14; Eintrag: 4) und unterstreicht somit unter diesen Bedingungen die Notwendigkeit von DMA zur Radiofluorierung der Si-Rhodamine. Ebenfalls zeigt sich, dass ein Überschuss des Vorläufers **100a** (vier Äquivalente) im Vergleich zum Kupfer-Komplex [Cu(OTf)₂(py)₄]. (ein Äquivalent) im Verhältnis von 4:1 zu keiner Radiomarkierung von **100a** führt (Eintrag: 5).

Die Radiofluorierung der Regioisomere **100b** und **100c** mit diesen optimierten Bedingungen mit einer Reaktionszeit von 20 Minuten bei einer Reaktionstemperatur von 120 °C konnte überaschenderweise keine Umsetzung liefern (Einträge: 11/12).

Im nächsten Schritt wurde die Radiomarkierung der Si-Rhodamine 100a-100c mit der Alkohol-unterstützten und Kupfer-vermittelten Radiofluorierung nach Zischler et al. durchgeführt (Einträge: 13–17).^[289] Hierfür wurden sogenannte QMA-Kartuschen (QMA, engl.: "quarternary methyl ammonium cartridge") zur Elution des fixierten [¹⁸F]Fluorids gewählt. Die Elution des [¹⁸F]Fluorids wurde mithilfe einer Lösung von *n*-Butanol und der Base Tetraethylammoniumhydrogencarbonat (TEAHCO₃) in DMA durchgeführt. Die Radiofluorierung des Si-Rhodamins 100a (ein Äquivalent) erfolgte erneut mit dem Kupfer-Komplex [Cu(OTf)₂(py)₄] (vier Äquivalente) für 20 Minuten bei 120 °C. Unter diesen Bedingungen konnte ein radiochemischer Umsatz von 16% und nach HPLC-Aufreinigung eine radiochemische Ausbeute von 15% mit hoher radiochemischer Reinheit (>99%) von [18F]103a erzielt werden (Eintrag: 13). Die Änderung des stöchiometrischen Verhältnisses des Vorläufers 100a zum Kupfer-Komplex zu 1:1 führte zu einer Abnahme der radiochemischen Umsetzung auf 12% (Eintrag: 14). Dagegen zeigte ein Überschuss des Vorläufers 100a mit dem stöchiometrischen Verhältnis von 4:1 (Kupfer(II)-Komplex) lediglich eine RCC von 4% (Eintrag: 15). Somit zeigt sich, dass erhöhte radiochemische Ausbeuten von 100a nur durch den Einsatz des [Cu(OTf)₂(py)₄]-Komplexes mit einem stöchiometrischen Überschuss möglich sind. In weiteren Schritten wurde unter den optimierten Bedingungen eine mögliche Radiofluorierung von 100b und 100c untersucht (Einträge: 16/17). Jedoch konnten auch für diese Bedingungen keine Umsetzungen der Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamine erhalten werden.

Im Gegensatz zu den vorherigen Bedingungen der Radiofluorierung der Si-Rhodamine **100a**– **100c** wurde in den folgenden Markierungsexperimenten das reaktive [¹⁸F]Fluorid, unter azeotroper Trocknung des Eluats erhalten (Einträge: 18–26). Diese Synthesevorschriften beruhen auf den Arbeiten von Mossine und Tredwell *et al.*^[285, 287-288] Für diese Reaktionen wurden ebenfalls die QMA-Kartuschen zur Elution des fixierten Fluorid-18 verwendet. Dabei erfolgte die Elution des [¹⁸F]Fluorids mit Kaliumtrifluormethansulfonat (KOTf) und Kaliumcarbonat in einer 2:1 Mischung aus Acetonitril und deionisiertem Wasser. Das durch die Elutionslösung erhaltene [¹⁸F]Fluorid wurde bei 130 °C mit einem Helium-Strom für drei Minuten getrocknet und eingeengt. Anschließend wurde eine Mischung des entsprechenden Si-Rhodamins und dem Kupfer-Komplex im jeweiligen Lösungsmittel dazugeben (Einträge: 18–26).

Die Durchführung dieser Reaktion, analog zu den vorherigen optimierten Bedingungen mit dem Vorläufer **100a** und dem Kupfer-Komplex [Cu(OTf)₂(py)₄] (Verhältnis 1:4) für 20 Minuten bei 120 °C führte zu einer moderaten RCC von 35% und einer radiochemischen Ausbeute von $25\pm4\%$ (*n*=3) (Eintrag: 18).

Da Wilson *et al.* von höheren radiochemischen Ausbeuten durch den Einsatz des auf Harnstoff-basierenden Lösungsmittel 1,3-Dimethyl-2-Imidazolidinon (DMI) berichteten, wurde das Lösungsmittel unter den selben Bedingungen, getestet (Eintrag: 19).^[308] Überraschenderweise führte der simple Austausch des DMA durch DMI zu dem besten Ergebnis dieser Optimierungsreaktionen mit einem RCC von 70%. Die Isolierung des [¹⁸F]103a ergab eine gute RCY von 54±1% (*n*=2).

Zudem wurde bei diesen Bedingungen erfolgreich festgestellt, dass die Radiofluorierung des Regioisomers **100b** zu einer RCC von 48% und einer RCY von 33% von **[¹⁸F]103b** führte (Eintrag: 20). Allerdings konnte mithilfe dieser Bedingungen keine Umsetzung des Regioisomers **100c** festgestellt werden (Eintrag: 21).

Die Nutzung eines alternativen Kupfer(II)-Komplexes [Cu(OTf)₂(impy)₄], welcher in der Literatur ebenfalls zur Radiofluorierung angegeben wurde, führte lediglich zur Radiofluorierung von **100a** mit einem radiochemischen Umsatz von 18% zu [¹⁸F]**103a** (Eintrag: 22).^[308] Erneut konnten für die Vorläufer **100b** (Eintrag: 23) und **100c** (Eintrag: 24) keine erfolgreichen Radiofluorierungen unter diesen Bedingungen festgestellt werden.

Ein möglicher Grund, warum in allen durchgeführten Methoden die Radiofluorierung des *ortho*-ständigen Arylboronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamins **100c** nicht festgestellt werden konnte, ist möglicherweise die Ausbildung der bereits diskutierten farblosen Spiroboronate **104** und **105**, welche in einer basischen Umgebung bevorzugt gebildet werden. Da die durchgeführten Radiofluorierungen stets in basischer Umgebung mit beispielsweise DMAPH⁺OTf⁻, TEAHCO₃ und K₂CO₃ stattfanden, ist die Präsenz der Spiroboronate in den jeweiligen Reaktionslösungen wahrscheinlich. Somit kann angenommen werden, dass im Vergleich zu den Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodaminen **100a** und **100b** die gebildeten Spiroboronate **104** und **105** aufgrund von sterischer Hinderung, nicht aktiv am Katalysezyklus mitwirken können, sodass keine erfolgreiche Radiofluorierung von **100c** erfolgt. Außerdem wurde überraschend festgestellt, dass die optimierten Bedingungen von Eintrag 18 und Eintrag 19 zu keiner Umsetzung des Phenylpinakolester-funktionalisierten Si-Rhodamins **96** führten. Diese Feststellung liegt nicht im Einklang mit anderen Vorläufern aus der Literatur, in denen vorwiegend Derivate von Phenylpinakolestern zur Radiofluorierung genutzt werden.^[288, 308]

Die erfolgreiche Synthese und Identität der gereinigten Si-Rhodamine [¹⁸F]103a und [¹⁸F]103b wurde nach der semi-präparativen Aufreinigung mittels Radio-HPLC nachgewiesen (Abbildung 15). Anhand der (Radio-)HPLC-Chromatogramme lässt sich feststellen, dass die nicht-radioaktiven Si-Rhodamine 103a ((b) [NIR Absorption, 650 nm], R_t =21.7 min) und 103b ((d) [NIR Absorption, 650 nm], R_t =22.2 min) ähnliche Retentionszeiten aufweisen wie die entsprechenden isostrukturellen radiofluorierten Si-Rhodamine [¹⁸F]103a ((a) [γ -Detektion], R_t =22.0 min) und [¹⁸F]103b ((c) [γ -Detektion], R_t =22.6 min). Außerdem zeigen die Radio-HPLC-Chromatogramme aus Abbildung 15 die erzielte sehr hohe radiochemische Reinheit der beiden radiomarkierten Si-Rhodamine [¹⁸F]103a und [¹⁸F]103b.



Abbildung 15: Identitätsnachweis von [¹⁸**F**]**103a** und [¹⁸**F**]**103b**. Überblick der normalisierten Radio-HPLC-Chromatogramme a) von [¹⁸**F**]**103a** [γ -Detektion, Zählrate] mit R_t =22.0 Minuten und b) **103a** als nicht-radioaktive Referenzsubstanz [UV-Detektion, 650 nm] mit R_t =21.7 Minuten und c) von [¹⁸**F**]**103b** [γ -Detektion, Zählrate] mit R_t =22.6 Minuten und d) **103b** als nicht-radioaktive Referenzsubstanz [UV-Detektion, 650 nm] mit R_t =22.2 Minuten. Methode: 25–75% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 28 Minuten, *System* 7.

Die Radio-HPLC-Chromatogramme geben auch einen Hinweis auf die Lipophilie der beiden radiofluorierten Verbindungen. Da [¹⁸**F**]**103a** (R_t =22.0 Minuten) eine niedrigere Retentionszeit als [¹⁸**F**]**103b** (R_t =22.6 Minuten) besitzt, kann von einer höheren Hydrophilie ausgegangen werden, da zur Messung der HPLC-Chromatogramme "*reverse-phase*"-C₁₈-Säulen genutzt wurden. In diesem Fall geben niedrigere Retentionszeiten Hinweise auf eine höhere Hydrophilie. Schließlich wurde mithilfe des herkömmlichen "*shake flask-Verfahrens*"

experimentell der Verteilungskoeffizient in einem *n*-Oktanol/PBS-Gemisch bestimmt und die Vermutung bestätigt.^[309] Der experimentell ermittelte Verteilungskoeffizient von [¹⁸F]103a lag bei log *D*_{pH=7.4}=2.92±0.32 und für [¹⁸F]103b wurde ein log *D*_{pH=7.4}=3.22±0.18 bestimmt. Die erhöhte Lipophilie der beiden radiofluorierten Si-Rhodamine sollte berücksichtigt werden, wenn die Grundstrukturen der Si-Rhodamine zur Einführung von Targetvektoren eingesetzt werden sollen. Da jedoch Targetvektoren wie beispielsweise das [¹⁸F]PSMA-1007-Bindungsmotiv eine hohe Zahl an hydrophilen Gruppen wie Carbonsäure- und Aminosäuregruppen besitzen, kann die Lipophilie der Si-Rhodamine zu einem gewissen Teil kompensiert werden.

Im nächsten Schritt wurden die molaren Aktivitäten von [¹⁸F]103a und [¹⁸F]103b bestimmt. Zur experimentellen Bestimmung der molaren Aktivität wurden für die nicht-radioaktiven Si-Rhodamine **103a** und **103b** Kalibriergeraden erstellt. Hierzu wurden unterschiedliche Stammlösungen der nicht-radioaktiven Si-Rhodamine in Acetonitril hergestellt und anschließend definierte Stoffmengen (10 fmol–5000 fmol) von **103a** und **103b** in einem Acetonitril-Wasser-Gemisch in die HPLC (55% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, isokratischer Verlauf in 15 Minuten, *System* 7) injiziert. So wurden beispielsweise zur Bestimmung der molaren Aktivität des Si-Rhodamins [¹⁸F]103b die HPLC-Chromatogramme mit Detektion der Fluoreszenz (Anregungswellenlänge: $\lambda_{anregung}$ =600 nm; Messung der Fluoreszenz: λ_{em} =640 nm) in Abhängigkeit der injizierten Stoffmenge von **103b** gemessen und in Abbildung 16 dargestellt.



Abbildung 16: Bestimmung der molaren Aktivität von [¹⁸F]103b. HPLC-Chromatogramme des nichtradioaktiven Si-Rhodamins **103b**, welches mit unterschiedlichen Stoffmengen (10 fmol–5000 fmol) in die HPLC injiziert wurde. Die Hauptsignale (R_{t} =7.9 Minuten) können **103b** zugeordnet werden. In den HPLC-Chromatogrammen mit Stoffmengen über 1000 fmol wurde eine Verunreinigung festgestellt (R_{t} =6.1 Minuten), welche nicht näher charakterisiert wurde. Die HPLC-Chromatogramme wurden im Fluoreszenzmodus gemessen ($\lambda_{Anregung}$ =600 nm; λ_{em} =640 nm). Methode: 55% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, isokratischer Verlauf in 15 Minuten, *System* 7.

Anschließend wurden die erhaltenen Signale der unterschiedlich injizierten Stoffmengen genutzt, um deren Kurvenflächen zu bestimmen. Die Relation zwischen der berechneten Fläche wurde dann gegen die in die HPLC injizierte Stoffmenge aufgetragen und die erhaltenen Werte mit einer Ausgleichsgeraden ausgedrückt (Abbildung 16).



Abbildung 17: Kalibriergerade zur Bestimmung der molaren Aktivität von [¹⁸F]103b durch Zuhilfenahme der Werte der aus Abbildung 16. Die unterschiedlichen Stoffmengen und die daraus resultierenden Kurvenflächen wurden gegeneinander aufgetragen und danach eine Ausgleichsgerade zwischen den Werten erstellt.

Mithilfe der Ausgleichsgeraden kann nun die Stoffmenge der radioaktiven Verbindungen ([¹⁸**F**]**103a** oder [¹⁸**F**]**103b**), welche in der Radio-HPLC gemessen wurden, berechnet werden, indem das dazugehörige Fluoreszenzsignal von [¹⁸**F**]**103a** oder [¹⁸**F**]**103b** integriert wird. Gemäß Gleichung (3) kann nun die molare Aktivität bestimmt werden:

$$A_{\rm M} = \frac{A_{\rm injiziert}}{n_{\rm injiziert}}$$
(3)

*A*_M steht für die molare Aktivität. *A*_{injiziert} drückt die Radioaktivität aus, welche in die Radio-HPLC injiziert wurde. Die Stoffmenge der radioaktiven Verbindung, welche mithilfe des Fluoreszenzsignals aus der HPLC und der Ausgleichsgeraden bestimmt wurde, wird mit *n*_{injiziert}, beschrieben. Somit kann die molare Aktivität *A*_M berechnet werden, indem das Verhältnis zwischen der in die HPLC injizierte Aktivität in Becquerel und der in die HPLC injizierten Stoffmenge in Mol gebildet wird.

Mithilfe dieser Methodik konnten für [¹⁸**F**]**103a** molare Aktivitäten von A_m =70.1±3.2 GBq/µmol (*n*=7) und für [¹⁸**F**]**103b** A_m =42.8±9.5 GBq/µmol (*n*=2) nach Ende der Synthese (EOS, engl.: *"end of synthesis*") bestimmt werden. Diese Werte zeigen teilweise höhere Werte der molaren Aktivität im Vergleich zu den gezeigten Radiotracern aus Abbildung 5 bzw. auch der Literatur.^[15, 281]

Im nächsten Schritt wurden erste *in vitro* Stabilitäten der radiofluorierten Si-Rhodamine [¹⁸F]103a und [¹⁸F]103b untersucht, nachdem beide Si-Rhodamine nach zwei Stunden keine Zersetzung in einer Lösung aus Phosphat-gepufferter Kochsalzlösung (PBS; *pH*=7.4) zeigten. Zur *in vitro* Stabilitätsuntersuchung wurde humanes Serum verwendet. Die radiofluorierten Si-Rhodamine wurden zum humanen Serum gegeben und bei 37 °C für zwei Stunden inkubiert. Nach unterschiedlichen Zeitpunkten wurden Aliquote entnommen und nach Fällung der Proteine durch Zugabe von Acetonitril mittels einer entsprechenden HPLC-Methode (55% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, isokratischer Verlauf in 15 Minuten, *System* 7) in der Radio-HPLC untersucht. In Tabelle 16 sind die Ergebnisse der Stabilitätsuntersuchungen in humanem Serum zusammengefasst.

Tabelle 16: Überblick der Stabilitätsexperimente von [¹⁸F]103a und [¹⁸F]103b in humanem Serum nach Inkubation bei 37 °C nach unterschiedlichen Zeitpunkten. Die Stabilitätsuntersuchungen wurden mittels Radio-HPLC untersucht. Methode: 55% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, isokratischer Verlauf in 15 Minuten, *System* 7.

Zeit	Prozentualer Anteil des intakten SiR [¹⁸ F]103a nach Inkubation in humanem Serum bei 37 °C nach verschiedenen Zeitpunkten	Prozentualer Anteil des intakten SiR [¹⁸ F]103b nach Inkubation in humanem Serum bei 37 °C nach verschiedenen Zeitpunkten
0 min	>99%	>99%
10 min	98±1%	96±1%
30 min	90±2%	92±2%
60 min	84±4%	83±1%
120 min	80±8%	74±1%

Aus Tabelle 16 wird ersichtlich, dass für beide radiofluorierten Si-Rhodamine [¹⁸**F**]**103a** und [¹⁸**F**]**103b** eine gewisse Instabilität gegenüber dem humanen Serum festzustellen ist. So sind nach zwei Stunden lediglich 80% des [¹⁸**F**]**103a** intakt, während für [¹⁸**F**]**103b** nur 74% des ursprünglich radiofluorierten Si-Rhodamins intakt sind. Diese Beobachtung zeigt, dass die vermeintlich starke Fluor-18-Kohlenstoff-Bindung *in vitro* nicht allzu stabil ist und es somit zu Defluorierungen bzw. zur Metabolisierung kommen kann.^[310] Die entstandenen Abbauprodukte wurden nicht weiter analysiert. Der Umstand der Instabilität sollte für künftige Derivatisierungen am Si-Rhodamin-Grundgerüst berücksichtigt werden.

Die Si-Rhodamine **103a** und **103b** besitzen, aufgrund ihrer im gesamten Molekül delokalisiert verteilten positiven Ladung und der hohen Lipophilie, die notwendigen Eigenschaften zur Aufnahme in die Mitochondrien von Zellen. Das negative Membranpotenzial der inneren mitochondrialen Membran verhilft im Generellen ebenfalls, kationische und lipophile Verbindungen (wie z.B. Triphenylphosphonium-Kationen oder Rhodamine) in die Mitochondrien zu schleusen.^[174, 311]

Aus diesem Grund wurden die nicht-radioaktiven Si-Rhodamine **103a** und **103b** auf eine etwaige mitochondriale Anreicherung mittels konfokaler Laserscanning-Mikroskopie in Kolokalisationsexperimenten untersucht. Hierfür wurden frische PC3-Zellen, eine humane Prostatakarzinom-Zelllinie, kultiviert und mit den Si-Rhodaminen **103a** und **103b** behandelt. Des Weiteren wurde zur Kolokalisation der kommerziell erhältliche und stark mitochondrialgängige Farbstoff Mitotracker[®] Green FM genutzt, um die mitochondriale Aufnahme der Si-Rhodamine mit dem Mitotracker[®] Green FM zu vergleichen. Zur optimalen Differenzierung zwischen Mitochondrien und den Zellkernen wurden die Zellkerne mit dem kommerziell erhältlichen Kernfarbstoff Hoechst 33342 eingefärbt. In Abbildung 18 ist die Einfärbung der Zellkerne mit dem Kernfarbstoff Hoechst 33342 (Kanal 1: blau) und die Färbung der Mitochondrien durch die Si-Rhodamine (Kanal 2: rot, a) **103a** und b) **103b**) und dem Mitotracker[®] Green FM (Kanal 3: grün) gezeigt. Zudem ist eine Überlagerung aller Kanäle in Kanal 4 gezeigt.



Abbildung 18: Konfokale Laserscanning-Mikroskopie Aufnahmen des Kernfarbstoffs Hoechst 33342 (blau), der mitochondrial-gängigen Si-Rhodamine **103a** (a) und **103b** (b) (rot) und dem kommerziell erhältlichen Mitotracker[®] Green FM (grün) in frisch kultivierten PC3-Zellen. Skalierungsbalken: 30 μm.

Die konfokalen Mikroskopie-Aufnahmen, welche eine Überlagerung aller Kanäle darstellen, zeigen eine hohe Übereinstimmung der mitochondrialen Internalisierung der beiden Si-Rhodamine **103a** und **103b** mit dem literaturbekannten Mitotracker[®] Green FM. Daraus lässt sich eine hohe mitochondriale Anreicherung der Si-Rhodamine feststellen. Um den Grad der Übereinstimmung der Si-Rhodamine **103a** und **103b** und des Mitotracker[®] Green FM zu beschreiben, wurde der Pearson-Korrelationskoeffizient für beide Si-Rhodamine bestimmt.

95

Demnach konnte für **103a** ein Wert von 0.79 ± 0.03 (*n*=16) und für **103b** eine Pearson-Korrelation von 0.75 ± 0.04 (*n*=12) bestimmt werden. Diese hohen Übereinstimmungswerte sprechen für eine hochgradige Anreicherung der Si-Rhodamine **103a** und **103b** in den Mitochondrien.

Die hohe Anreicherung von Si-Rhodaminen in Mitochondrien kann beispielsweise zur Bildgebung des Herzmuskels genutzt werden, da die Zellen der Herzmuskeln die höchste Dichte an Mitochondrien besitzen.^[312] Allerdings müssen hierzu weitere Kontrollexperimente, wie beispielsweise die mitochondriale Aufnahme in anderen Zelllinien oder auch die Affinitäten der Si-Rhodamine zu anderen Zellorganellen (z.B. Lysosomen) durchgeführt werden, um den Einsatz der Si-Rhodamine als Perfusionsmarker zu verifizieren.

3.4.2 Die Kupfer-vermittelte Radioiodierung von Si-Rhodamin 100a

Im nächsten Schritt wurde die Radioiodierung des Si-Rhodamins 100a, welcher für die Radiofluorierung genutzt wurde, mit dem SPECT-Radionuklid Iod-123 untersucht. Aus der Literatur ist bekannt, dass neben der Kupfer-vermittelten Radiofluorierung auch die Kupfervermittelte Radioiodierung von Arylboronsäuren möglich ist.^[313-317] Die Radioiodierung von Boronsäure-funktionalisierten aromatischen Verbindungen ist besonders attraktiv, da für die Radiomarkierung unterschiedliche Radioisotope des lods mit verschiedenen Anwendungsmöglichkeiten genutzt werden können. Somit können prominente Isotopologe des lods für verschiedene nuklearmedizinische Anwendungen wie lod-123 ($t_{1/2}$ =13.2 h) für die SPECT-Bildgebung, lod 124 ($t_{1/2}$ =4.2 d) für die PET-Bildgebung, lod-125 ($t_{1/2}$ =59.4 d) als Auger-Emitter und für die Radionuklidtherapie das Iod-131 ($t_{1/2}$ =8.0 d) verwendet werden.^[313] Eine erfolgreiche Radioiodierung des Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamins 100a gewährleistet, dass mithilfe eines einzigen und identischen Vorläufers Radiomarkierungen sowohl mit Fluor-18 als auch mit den Radioisotopen des lods möglich sind. So können zur Analyse von kurzen biologischen Prozessen Radiofluorierungen und für längere biologische Prozesse Radioiodierungen (z.B. mit lod-123) in Betracht gezogen werden. Außerdem bietet sich hier die Anwendung von PET und SPECT an, je nachdem, ob mit Fluor-18 oder lod-123 markiert wird.

Bevor die Radioiodierungsexperimente durchgeführt werden konnten, musste vorher die nicht-radioaktive Referenzsubstanz synthetisiert werden, um mithilfe der Radio-HPLC eine potentielle Radioiodierung von **100a** mit lod-123 nachzuweisen.

Die Synthesestrategie zur Herstellung des nicht-radioaktiven und iodierten Si-Rhodamins **109** ist in Schema 27 gezeigt

a) Synthese eines Amin-funktionalisierten Si-Rhodamins 108





Schema 27: Die dreistufige Synthese der nicht-radioaktiven und iodierten Referenzsubstanz **109**. a) Die zweistufige Synthese eines Amin-funktionalisierten Si-Rhodamins **108**, ausgehend vom kommerziell erhältlichen 4-Iodanilin **106**. b) Die Umsetzung des Amin-funktionalisierten Si-Rhodamins **108** in einer Sandmeyer-ähnlichen Reaktion zum iodierten Si-Rhodamin **109**.

Zunächst wurde ein Amin-funktionalisiertes Si-Rhodamin **108** synthetisiert, welches in einer Folgereaktion zum gewünschten iodierten Si-Rhodamin **109** weiterumgesetzt wurde.

Das Amin-funktionalisierte Si-Rhodamin 108 konnte, ausgehend vom kommerziell erhältlichen 4-lodoanilin 106 synthetisiert werden. Demnach wurde die primäre Aminogruppe des 4-Iodanilins 106 zunächst mit TMS-Gruppen geschützt, indem das Anilin 106 durch LiHMDS bei –78 °C deprotoniert und anschließend mit Trimethylsilylchlorid behandelt wurde. Das in situ gebildete TMS-geschützte Anilin 107 wurde ohne weitere Aufreinigung im nächsten Schritt mit tert-Butyllithium (zwei Äquivalente) versetzt, um einen Lithium-Halogenid-Austausch zu erreichen. Das in situ gebildete lithiierte Organyl wurde schließlich mit dem Si-Xanthon 48 bei –78 °C umgesetzt. Nach der nukleophilen Addition des Lithiumorganyls an das Si-Xanthon 48 und der anschließenden Eliminierungsreaktion nach Zugabe einer Salzsäurelösung 108 wässrigen (1 M) wurde das Rohprodukt nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 88:12 auf Kieselgel) gefolgt von einer HPLC-Aufreinigung (10–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, System 2) mit einer chemischen Ausbeute von 74% erhalten (Schema 27a). Anschließend wurde das Si-Rhodamin 108 in einer Sandmeyer-ähnlichen Reaktion, über ein mit Natriumnitrit in situ erzeugtes und reaktives Diazoniumsalz und der anschließenden Zugabe Kaliumiodid, iodierten Si-Rhodamin 109 von zum umgesetzt. Nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 95:5 auf Kieselgel) gefolgt von einer HPLC-Aufreinigung (30-90% MeCN/H2O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 2) wurde **109** mit einer sehr guten chemischen Ausbeute von 92% erhalten (Schema 27b). Die erfolgreiche Darstellung von **109** wurde anhand der ¹H-, ¹³C, ¹⁹F-NMR-Spektroskopie und HR-ESI-Spektrometrie mit einem *m*/*z*=511.1066 (berechnet: *m*/*z*=511.1061) für das Molekülion [M]⁺ bestätigt.

Die Bestimmung der Absorptions- und Emissionseigenschaften von 109 wurde analog zu den vorherigen Si-Rhodaminen aus Kapitel 3.4.1 durchgeführt, um einen direkten Vergleich zum fluorierten Si-Rhodamin-Analogon 103a zu ziehen. In PBS (pH=7.4) zeigt 109 ein Absorptionsmaximum bei 648 nm (bzw. 663 nm in DMSO) und ein Emissionsmaximum bei 667 nm (681 nm). Folglich ähneln die Absorptions- und Emissionseigenschaften denen des fluorierten Strukturanalogons 103a (Absorptionsmaximum in PBS (pH=7.4): 649 nm; Emissionsmaximum in PBS (pH=7.4): 665 nm). Diese Beobachtungen zeigen, dass die Auswirkungen zwischen dem stark elektronegativen Fluor und dem Iod in Position 4, relativ zum Xanthen-Grundgerüst, eher gering zueinander sind. Der molare Absorptionskoeffizient von **109** in PBS (*pH*=7.4) ergab einen Wert von 41.100 M⁻¹cm⁻¹ und zeigt somit einen niedrigeren Wert im Vergleich zu dem Si-Rhodamin 103a (in PBS (pH=7.4): ε_{max} =88.700 M⁻¹cm⁻¹). Dies ist möglicherweise auf die höhere Lipophilie von **109** im Vergleich zu 103a und der damit einhergehenden erhöhten Neigung zur Aggregation in wässriger Umgebung zurückzuführen. Die experimentell bestimmte Quantenausbeute von 109 in PBS (pH=7.4; $\Phi_F=0.135$) unterscheidet sich nur geringfügig zu **103a** (in PBS (pH=7.4); $\Phi_F=0.115$). Im nächsten Schritt wurde die Kupfer-vermittelte Radioiodierung des Vorläufers 100a durchgeführt (Schema 28). Die Bedingungen der Kupfer-vermittelten Radioiodierung wurden auf Basis der Radioiodierung des 2-[¹²³]]lodophenylacetyl-Transglutaminase-2 Inhibitors aus der Literatur durchgeführt (Schema 28).^[318]



Schema 28: Die Kupfer-vermittelte Radioiodierung des Si-Rhodamins **100a** zur Synthese von [¹²³I]109. Die Reaktion wurde in einer Lösung aus [¹²³I]Nal in Natronlauge (0.02 M), Methanol und Acetonitril mit dem Kupfer(II)-Komplex [Cu(OTf)₂(py)₄] für 20 Minuten bei Raumtemperatur durchgeführt.

Demnach wurde die Kupfer-vermittelte Radioiodierung von **100a** mit dem selben Kupfer(II)-Komplex ([Cu(OTf)₂(py)₄]) durchgeführt, welcher für die Radiofluorierungen genutzt wurde. Der Vorläufer **100a** (ein Äquivalent) wurde in Acetonitril gelöst und mit dem Kupfer-Komplex (fünf Äquivalente), welcher in Methanol gelöst war, zusammengegeben. Anschließend wurde die Reaktionsmischung zum radioaktiven [¹²³I]Nal in Natriumhydroxid-Lösung dazugegeben. Nach 20 Minuten bei Raumtemperatur wurden analytische Radio-HPLC-Messungen durchgeführt. Die Analysen der Radio-HPLC ergaben in der Kupfer-vermittelten Radioiodierung stets radiochemische Umsetzungen über 92%. Folglich können im Vergleich zu den Kupfer-vermittelten Radiofluorierungen für die Kupfer-vermittelten Radioiodierungen von **100a** unter Raumtemperaturbedingungen und in wässriger Lösung höhere radiochemische Umsetzungen Eist sicherlich auf die allgemein höhere Reaktivität des lodids im Vergleich zum Fluorid zurückzuführen.

Nach semi-präparativer Reinigung von [¹²³I]109 (25–75% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 33 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 6), SPE-Aufreinigung (durch Elution von der C₁₈-Kartusche mit Acetonitril und 0.1% TFA als Additiv) und Entfernung des Lösungsmittels bei 80 °C konnte [¹²³I]109 mit einer radiochemischen Ausbeute von 54± 5% (*n*=2) erhalten werden.

In Abbildung 19 sind die Radio-HPLC-Chromatogramme von [¹²³I]109 (Abbildung 19a) und der nicht-radioaktiven Referenzsubstanz **109** gezeigt (Abbildung 19b), welche zur radioaktiven Verbindung als Additiv dazugegeben wurde. Die ähnlichen Retentionszeiten beider Si-Rhodamine zeigen die erfolgreiche Synthese von [¹²³I]109.

Des Weiteren wurde in den durchgeführten Radioiodierungsexperimenten eine gewisse Instabilität von [¹²³I]109 festgestellt, da die radiochemische Reinheit des finalen Produkts zwischen 82% und 96% variiert. Hierbei zeigten Radio-HPLC-Messungen nach jedem Aufreinigungsschritt (nach Radio-HPLC-Aufreinigung, nach SPE-Aufreinigung mithilfe einer C₁₈-Kartusche und nach finaler Eindampfung bei 70 °C unter vermindertem Druck), dass vor allem nach Entfernung des Lösungsmittels (Acetonitril mit 0.1% TFA als Additiv) bei 70 °C die radiochemische Reinheit abnahm, während sie in den vorherigen Aufreinigungsschritten bei über 95% lag. Diese Beobachtung zeigt eine Instabilität von [¹²³I]109 bei höheren Temperaturen, welche zudem auch durch das Aufkonzentrieren des TFA begünstigt werden kann. Jedoch wurde festgestellt, dass die Nutzung von Trifluoressigsäure als Additiv notwendig ist, da ohne den Zusatz von TFA keine Elution von der C₁₈-Kartusche beobachtet wurde. Nach Eindampfung des Acetonitrils (0.1% TFA als Additiv) bei einer niedrigeren Temperatur von 50 °C, ergab sich sogar eine höhere radiochemische Reinheit des [¹²³I]109 von 92%. Somit ist von einer temperaturabhängigen Instabilität von [¹²³I]109 auszugehen.



Abbildung 19: Identitätsnachweis von [¹²³I]109. Überblick der normalisierten Radio-HPLC-Chromatogramme a) von [¹²³I]109 [γ -Detektion, Zählrate] mit R_i =25.2 Minuten und b) 109 als nichtradioaktive Referenzsubstanz [UV-Detektion, 650 nm] mit R_i =25.0 Minuten. Methode: 25–75% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 28 Minuten, System 7.

Im Vergleich zu [¹⁸**F**]**103a** kann aufgrund des unpolaren lods in [¹²³**I**]**109** von einer höheren Lipophilie ausgegangen werden. Die Ermittlung des Verteilungskoeffizienten von [¹²³**I**]**109** (RCP: >96%) ergab einen log $D_{pH=7.4}$ =3.48±0.29 und bestätigt die Annahme der höheren Lipophilie im Vergleich zu [¹⁸**F**]**103a** (log $D_{pH=7.4}$ =2.92±0.32).

Im nächsten Schritt wurde analog der Bestimmung der molaren Aktivitäten der radiofluorierten Si-Rhodamine [¹⁸F]103a und [¹⁸F]103b die molare Aktivität von [¹²³I]109 ermittelt. Es konnte für [¹²³I]109 eine molare Aktivität von A_m =7.64±0.27 TBq/µmol (*n*=4), ausgehend von einer radioaktiven Startaktivität von 180 MBq, bestimmt werden. Dieser Wert stellt somit die höchste molare Aktivität eines radiomarkierten NIR-Fluoreszenzfarbstoffs dar und besitzt folglich das Hundertfache der molaren Aktivität des radiofluorierten Si-Rhodamins [¹⁸F]103a (A_m =70.1±3.2 GBq/µmol). Hohe molare Aktivitäten im Terabecquerel-Bereich versprechen für künftige biokonjugierbare und tumoraffine Si-Rhodamine ein hohes Signal-zu-Rausch-Verhältnis bei SPECT-Aufnahmen.^[306]

Die Kupfer-vermittelten Radioiodierungen zeigen, neben den radiofluorierten Si-Rhodaminen [¹⁸F]103a und [¹⁸F]103b, interessante Eigenschaften für die Biokonjugation der Si-Rhodamine mit verschiedenen (Tumor-)Targetvektoren zur selektiven Anreicherung in (Tumor-)Gewebe.

3.5 Die Synthese von biokonjugierbaren Si-Rhodaminen zur Radiomarkierung

3.5.1. Die Herstellung von biokonjugierbaren Si-Rhodaminen zur Kupfervermittelten Radiofluorierung

In diesem Teil der Arbeit lag der Fokus auf der Synthese von biokonjugierbaren Si-Rhodaminen, welche zunächst mit Fluor-18 markiert werden sollten.

Da die bisher synthetisierten und mit Technetium-99m, Fluor-18 und Iod-123 radiomarkierten einfachen Si-Rhodamine ^{99m}Tc-78, [¹⁸F]103a, [¹⁸F]103b und [¹²³I]109 keine Target-Einheiten zur selektiven Anreicherung an Tumorgewebe besitzen, wurde nun versucht zusätzliche Carbonsäure-Gruppen als funktionelle Gruppe in das Rhodamin-Grundgerüst einzuführen. Der radiomarkierte Farbstoff fungiert dann als prosthetische Gruppe und kann somit durch eine aktive Kupplung an Target-Vektoren, wie beispielsweise an einen PSMA-Inhibitor, eine selektive Anreicherung im jeweiligen Tumorgewebe erzielen. Die Einführung polarer Gruppen wie Carbonsäuren, aber auch die Kupplung an Targetvektoren, tragen zusätzlich zur Erhöhung der Hydrophilie der Si-Rhodamine bei, sodass die ermittelte hohe Lipophilie der radiofluorierten und unspezifischen Si-Rhodamine hierdurch kompensiert werden kann.

Die Resultate der Radiofluorierung unterschiedlicher Regioisomere der Si-Rhodamine aus Kapitel 3.4.1 zeigten deutlich, dass nur die meta- und para-Positionen relativ zum Xanthen-Grundgerüst, radiomarkiert werden können. Aus diesem Grund wurde zunächst ein Carbonsäure-funktionalisiertes Si-Rhodamin entwickelt, welches eine meta-ständige Boronsäure relativ zum Xanthen-Grundgerüst besitzt. Demnach dient die Boronsäure zur Kupfer-vermittelten Radiomarkierung. Zusätzlich wurde eine Carbonsäure in meta-Position eingeführt, um eine Kupplung an Targetvektoren unter Bildung einer Carbonsäureamidbindung zu erreichen. Hierzu ist in Abbildung 20 die chemische Strukturformel des beschriebenen Si-Rhodamins als Zielmolekül gezeigt. Dabei wurde die Carbonsäure zu einem sogenannten Aktivester, in Form eines Pentafluorophenylesters (PFP) umfunktionalisiert, um die Kupplung an primäre Amine von Targetvektoren zu erleichtern.



Abbildung 20: Chemische Strukturformel eines Pentafluorophenyl(PFP)-funktionalisierten Si-Rhodamins **110**, welches nach Radiomarkierung als prosthetische Gruppe an primäre Amine von klinisch relevanten Targetvektoren geknüpft werden kann.

Da bisher noch keine Carbonsäure- und Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamine bekannt sind, wurden unterschiedliche Syntheserouten entwickelt, um Si-Rhodamin **110** zu synthetisieren. In Schema 29 ist eine mögliche Syntheseroute zur Darstellung eines solchen Si-Rhodamin **110** gezeigt. Hierbei sollte ein Carbonsäure- und Iod-funktionalisiertes Si-Rhodamin **113** dargestellt werden, welches in einer Folgereaktion unter literaturbekannten Bedingungen zum entsprechenden Carbonsäure- und Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamin **110** umgesetzt werden soll.^[319] Anschließend kann die Carbonsäure von **110** in einen Aktivester überführt werden.



Schema 29: Versuch zur Darstellung des Carbonsäure- und Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamins **110**, ausgehend von der kommerziell erhältlichen 3,5-Diiodbenzoesäure **111**.

Zunächst wurde die Carbonsäure der kommerziell erhältlichen 3,5-Diiodbenzoesäure **111** mit einer *tert*-Butylgruppe versehen, um diese vor dem nachfolgenden Lithium-Halogen-Austausch zu schützen.^[320] Dabei wurde **112** mit Pyrokohlensäuredi-*tert*-butylester (Boc₂O; 2.5 Äquivalenten) und mit katalytischen Mengen an *N*,*N*,-(4-Dimethylamino)-pyridin (4-DMAP, 0.1 Äquivalente) in THF auf 70 °C erwärmt und für 17 Stunden gerührt. Nach wässriger Aufarbeitung und säulenchromatographischer Reinigung (*n*-Hexan/Ethylacetat 99:1 zu 95:5 auf Kieselgel) wurde **112** mit einer chemischen Ausbeute von 56% erhalten. Anschließend sollte **112** mit *tert*-Butyllithium (1.10 Äquivalente) in einer Halogen-Iod-Austauschreaktion in THF unter Sauerstoffausschluss und bei –78 °C mono-lithiiert werden. Um eine einfache Lithiierung zu erreichen, wurden nicht mehr als 1.1 Äquivalente des *tert*-Butyllithiums verwendet. Nach Zugabe des Si-Xanthons **48** bei –78 °C und nachfolgender saurer Aufarbeitung konnte **113** jedoch nicht erhalten werden. Dies ist wohlmöglich aufgrund des Vorhandenseins des zweiten Iodatoms zurückführen, welches ebenfalls lithiiert werden kann und folglich zu weiteren Nebenreaktionen führt.

Da **110** mittels der Syntheseroute in Schema 29 nicht synthetisiert werden konnte, wurde eine alternative Herstellungsmethode für **110** entwickelt.

In Schema 30 ist eine weitere Syntheseroute zur Darstellung des Carbonsäure- und Boronsäure-funktionalisierten Si-Rhodamins **110** aufgezeigt.



Schema 30: Fünfstufige Syntheseroute zur Darstellung des Carbonsäure- und Boronsäurefunktionalisierten Si-Rhodamins **118**, ausgehend von der kommerziell erhältlichen 3-Amino-5brombenzoesäure **114**. Diese Syntheseroute lieferte **118** mit einer Gesamtausbeute von 11%.

Zur Synthese von **114** wurde zuerst die Carbonsäure der kommerziell erhältlichen 3-Amino-5-brombenzoesäure (**114**) nach Lukinavičius *et al.* zum 4,4-Dimethyl-4,5-dihydrooxazol funktionalisiert und geschützt.^[153] Die Derivatisierung der Carbonsäure als 1,3-Oxazolin-Gruppe sollte vor unerwünschten Nebenreaktionen in der bevorstehenden Lithium-Halogen-Austauschreaktion schützen. Diese Reaktion erfolgte in einer Zweischritt-Synthese mit der Aktivierung der Carbonsäure mit Thionylchlorid und der anschließenden Umsetzung des Säurechlorids mit 2-Amino-2-methylpropan-1-ol zum entsprechenden Carbonsäureamid. Das Rohprodukt des resultierenden Carbonsäureamids wurde ohne weitere Reinigung mit Thionylchlorid bei Raumtemperatur zum entsprechenden 4,4-Dimethyl-4,5-dihydrooxazolfunktionalisierten 115 zyklisiert. Das 1,3-Oxazolin 115 wurde nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 97:3 auf Kieselgel) mit einer Ausbeute von 72% hergestellt. Die erfolgreiche Synthese wurde mithilfe der ¹H- und ¹³C-NMR-Spektroskopie nachgewiesen. Das primäre Amin von 115 wurde im nächsten Schritt nach Shieh et al. mit TMS-Gruppen geschützt, um die Nukleophilie des freien Amins zu senken und somit Nebenreaktionen im nachfolgenden Lithium-Brom-Halogenaustausch zu vermeiden.^[200] Hierbei wurde 115 unter Schlenk-Bedingungen mit LiHMDS (2.1 Äguivalente) bei –78 °C deprotoniert und ebenfalls bei –78 °C mit TMSCI (2.1 Äquivalente) umgesetzt. Anschließend wurde die Reaktionslösung zwei Stunden bei Raumtemperatur gerührt. So wurde das TMSgeschützte Amin 116 erhalten. 116 wurde, ohne weitere Aufreinigungen, mit den bereits beschriebenen Bedingungen lithiiert und mit dem Si-Xanthon 48 umgesetzt. Nach wässrigsaurer Aufarbeitung wurde die 1,3-Oxazolin-Schutzgruppe mit einer salzsauren Lösung (6 M) bei 80 °C nach 18 Stunden abgespalten. Es wurde festgestellt, dass diese drastischen Bedingungen keine Hinweise auf eine etwaige Instabilität des Si-Rhodamins 117 liefern. Somit kann davon ausgegangen werden, dass das Si-Rhodamin-Gerüst von 117 über eine längere Zeit eine hohe Stabilität gegenüber starken Säuren und hohen Temperaturen aufweist. Aufgrund der hohen Polarität von 117 wurde auf eine säulenchromatographische Reinigung verzichtet und das Rohprodukt mithilfe der HPLC aufgereinigt. Nach HPLC-Reinigung (10–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, System 2) konnte 117 analysenrein aufgereinigt werden. Die erfolgreiche Synthese von 117 wurde anhand von ¹H-, ¹³C-, ¹⁹F-Spektroskopie und der ESI-HR-MS mit *m/z*=444.2102 für das Molekülion [M]⁺ (berechnet: *m/z*=444.2102) bestätigt.

Im nächsten Schritt wurde das Amin-funktionalisierte Si-Rhodamin **117** nach einer abgewandelten Vorschrift von Zhao *et al.* in ein Boronsäure-funktionalisiertes Si-Rhodamin **110** umgesetzt.^[321] Demnach wurde **117** in einer Mischung aus Essigsäure und Wasser (Verhältnis: 3:1) bei 0 °C gelöst und mit Natriumnitrit (1.5 Äquivalente) zum Diazoniumsalz umgesetzt. Zur dunkelblauen Lösung wurde nach einer Reaktionszeit von 20 Minuten eine Lösung von Tetrahydroxydiboron (B₂(OH)₄) in Wasser dazugegeben. Die Reaktionslösung wurde nun auf Raumtemperatur gebracht und dann für zwei Stunden gerührt. Nach wässriger Aufarbeitung erfolgte eine HPLC-Aufreinigung (10–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 2) des Rohprodukts. Nach der HPLC-Aufreinigung wurde **110** als Hauptprodukt mit einer chemischen Ausbeute von 47% erhalten. Zusätzlich wurde **61** als Nebenprodukts ist möglicherweise auf eine säurekatalysierte Protodeborylierung von **110** in saurer Umgebung zurückzuführen. Die Zersetzung von Arylboronsäuren und Arylboronsäurepinakolestern bei sauren Bedingungen ist bereits bekannt und wurde in zahlreichen Publikationen beschrieben.^[298, 322-323]

Das literaturunbekannte Boronsäure-funktionalisierte Si-Rhodamin **110** wurde mittels ¹H-, ¹¹B-, ¹³C-NMR-Spektroskopie charakterisiert. Außerdem wurde das Gegenion mithilfe der ¹⁹F-NMR-Spektroskopie als Trifluoracetat nachgewiesen.

Im nächsten Schritt wurde die Carbonsäure des Si-Rhodamins **110** zu einem Pentafluorophenyl-Aktivester umgesetzt, um die Ausbildung eines entsprechenden Carbonsäureamids in Reaktionen mit primären Aminen von Targetvektoren zu erleichtern. Die Versuchsvorschrift wurde basierend auf Arbeiten von Olberg *et al.* zur Synthese von Tetrafluorophenyl-Aktivestern durchgeführt.^[324] Hierbei ist anzumerken, dass anstelle des Tetrafluorophenyl-Aktivesters ein Pentafluorophenyl-Aktivester synthetisiert wurde, da letzterer Ester als bessere Abgangsgruppe eine höhere Reaktivität mit primären Aminen verspricht als Tetrafluorophenyl-Aktivester.

Die Synthese des PFP-Aktivesters **118**, welcher als Vorläufer für die Fluor-18-Radiomarkierung genutzt werden sollte, erfolgte bei Raumtemperatur mit dem Hydrochlorid des 1-Ethyl-3-(3-dimethylaminopropyl)carbodiimids (EDC·HCI) und Pentafluorophenol in DCM und einer Reaktionszeit von 16 Stunden. Nach wässriger Aufarbeitung und anschließender HPLC-Aufreinigung (30–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System 2*) wurde **118** als Trifluoracetat-Salz mit einer Ausbeute von 64% erhalten. Es ließ sich feststellen, dass die sauren Bedingungen der HPLC-Aufreinigung (0.1% v/v TFA als Additiv) nicht zu einer Hydrolyse des Aktivesters zur freien Carbonsäure führte. **118** wurde mittels ¹H-, ¹¹B-, ¹³C- und ¹⁹F-NMR-Spektroskopie charakterisiert. So zeigte das ¹¹B-NMR-Spekrum die charakteristische chemische Verschiebung des Bors bei δ =28.4 ppm und das ¹⁹F-NMR-Spekrum die entsprechenden drei chemisch nicht äquivalenten Signale der fünf Fluoratome des PFP-Aktivesters und zudem auch das ¹⁹F-NMR-Signal des Trifluoracetats als Gegenion (δ (ppm)=-77.3 (CF₃COO⁻), -155.5, -160.9, -165.5). Des Weiteren zeigte **118** in der HR-ESI-MS eindeutig das Basissignal des Molekülions [M]⁺ mit *m/z*=639.1904 (berechnet: *m/z*=639.1905).

Die ermittelte chemische Ausbeute für die gesamte Syntheseroute, welche fünf Reaktionsschritte umfasst, betrug lediglich 11%. Da die Gesamtausbeute aus diesem Grund verhältnismäßig gering ausfällt, wurde eine weitere Syntheseroute entwickelt, um die Gesamtausbeute der Syntheseroute zu erhöhen. In Schema 31 ist die Synthese des Aminfunktionalisierten Si-Rhodamins **117** gezeigt.



Schema 31: Optimierte Syntheseroute zur Darstellung des Carbonsäure- und Amin-funktionalisierten Si-Rhodamins **117**, ausgehend von der kommerziell erhältlichen 3-lod-5-Nitrobenzoesäure **119**.

Demnach wurde zuerst die Carbonsäure der kommerziell erhältlichen 3-lod-5nitrobenzoesäure **119** mit einer *tert*-Butylgruppe geschützt. Dabei erfolgte die Synthese von **120** unter den bereits bekannten Bedingungen mit Boc₂O (3 Äquivalente) und mit katalytischen Mengen an 4-DMAP (0.24 Äquivalente) in THF.^[320] Die Reaktionslösung wurde auf 65 °C erwärmt und für 18 Stunden gerührt. Nach wässriger Aufarbeitung und säulenchromatographischer Reinigung (*n*-Hexan/Ethylacetat 99:1 zu 95:5 auf Kieselgel) wurde die *tert*-Butyl-3-lod-5-Nitrobenzoesäure (**120**) mit einer sehr guten chemischen Ausbeute von 96% erhalten.

Im nächsten Schritt erfolgte die katalytische Reduktion der Nitrogruppe von **120** nach Barton *et al.* durch elementares Eisen und Ammoniumchlorid als Protonendonor in einer Ethanol-Wasser-Mischlösung (Verhältnis: 1:1) bei 95 °C.^[325] Nach vollständigem Umsatz (laut DC: *n*-Hexan/Ethylacetat 9:1) erfolgte die wässrige Aufarbeitung, gefolgt von der säulenchromatographischen Reinigung (*n*-Hexan/Ethylacetat 9:1 zu 6:4 auf Kieselgel), um *tert*-Butyl-3-Amino-5-lodbenzoesäure (**121**) im Grammmaßstab mit einer chemischen Ausbeute von 90% zu erhalten.

Nun wurden die Aminogruppen unter ähnlichen Bedingungen wie für **117** (Schema 30) mit TMS-Gruppen geschützt und somit für den nachfolgenden Lithium-Iod-Austausch vorbereitet.^[200] Nach erfolgtem Schützen der Aminogruppen wurde **122** in einer nukleophilen Additions- und anschließenden Eliminierungsreaktion, welche unter salzsauren Bedingungen stattfand, zum Si-Rhodamin **123** umgesetzt. Nach säulenchromatographischer Reinigung (DCM/MeOH 99:1 zu 92:8 auf Kieselgel) wurde **123** mit einer chemischen Ausbeute von 88% analysenrein erhalten, sodass keine HPLC-Aufreinigung mehr notwendig war. Danach wurde

die *tert*-Butylgruppe von **123** in einer Mischung aus TFA:DCM (Verhältnis: 1:3) säurevermittelt abgespalten und das Rohprodukt **117** mithilfe der HPLC aufgereinigt (10–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System 2*). Nach HPLC-Aufreinigung wurde **117** mit einer chemischen Ausbeute von 84% als dunkelblauer Feststoff erhalten. Diese Syntheseroute beinhaltet mit sieben Reaktionsschritten zwei Syntheseschritte mehr als die Synthese des PFP-Ester-funktionalisierten Si-Rhodamins aus Schema 30. Dennoch führt diese Route zu einer Gesamtausbeute von 19% des für die Radiomarkierung benötigten Vorläufers **118** mit höherer chemischer Reinheit der Zwischenprodukte, sodass die Route effizienter ist.

Neben **118** als Vorläufer für die Kupfer-vermittelte Radiomarkierung sollte ein weiterer geeigneter Vorläufer zur kupferfreien Radiofluorierung synthetisiert werden. Aus diesem Grund ist die Wahl auf sogenannte Iodonium(III)-Ylide gefallen. Iodonium-Ylide eignen sich ebenfalls für die nukleophile aromatische Radiofluorierung von elektronenreichen Aromaten und versprechen zudem hohe radiochemische Ausbeuten.^[326-329] Im Gegensatz zu den Kupfer-vermittelten Radiofluorierungen ist die Radiofluorierung von Iodonium-Yliden dagegen metallfrei. Zudem verspricht die Synthese von Iodonium-Yliden hohe chemische Ausbeuten aber auch eine relativ hohe Stabilität der Vorläufer unter Umgebungsbedingungen.^[328] In Schema 32 ist der Versuch zur Synthese eines Iodonium-Ylids dargestellt.



Schema 32: Versuch einer zweistufigen Synthese eines Iodonium(III)-Ylid-funktionalisierten Si-Rhodamins **126** als Vorläufer für die Radiofluorierung ausgehend von Si-Rhodamin **117**.

Zuerst wurde das Amin-funktionalisierte Si-Rhodamin **117** in einer Sandmeyer-ähnlichen Reaktion zum entsprechenden iodierten Si-Rhodamin **124** umgesetzt. Hierbei wurde zunächst in einer essigsauren Lösung mit Natriumnitrit in situ das reaktive Diazoniumsalz gebildet und mit Kaliumiodid weiter zu **124** umgesetzt. Nach wässriger Aufarbeitung wurde eine HPLC-Aufreinigung (30–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 2) durchgeführt, um **124** analysenrein mit einer guten chemischen Ausbeute von 76% als Trifluoracetat-Salz zu erhalten. Das Si-Rhodamin **124** wurde mithilfe von ¹H-, ¹³C- und ¹⁹F-NMR-Spektroskopie identifiziert und besitzt für das Molekülion [M]⁺ ein Basissignal von *m/z*=555.0960 (berechnet: *m/z*=555.0960) in der HR-ESI-MS.

Anschließend galt es das iodierte Si-Rhodamin 124 nach einer Versuchsvorschrift von Rotstein et al., anhand eines geeigneten Oxidationsmittels, zur hypervalenten Iod(III)-Spezies zu oxidieren, welche schließlich mit der Meldrumsäure 125 zu einem Iodonium-Ylid reagiert.^[326] Als Oxidationsmittel wurde *meta*-Chlorperbenzoesäure (mCPBA) gewählt und die Reaktion in Chloroform bei Raumtemperatur durchgeführt. Innerhalb einer Stunde nach Zugabe von mCPBA (ein Äguivalent) konnte anhand der DC (DCM/MeOH 9:1) zwar eine vollständige Umsetzung des Si-Rhodamins 124 festgestellt werden, jedoch auch eine vollständige Entfärbung der vorher stark blauen Reaktionslösung. Nach Zugabe der Meldrumsäure **125** (1.5 Åquivalente) in einer 10% igen wässrigen Natriumcarbonat-Lösung und einer Reaktionszeit von einer weiteren Stunde bei Raumtemperatur wurde die Reaktionslösung wässrig aufgearbeitet. Nach Aufarbeitung blieb ein farbloser Rückstand zurück, welcher laut ¹H-NMR-Spektroskopie keine Produktsignale zeigte. Zudem konnte in der HR-ESI-MS (positiver Modus) kein Molekülion zum Produkt zugeordnet werden. Das Entfärben der Reaktionslösung ist möglicherweise auf die photobleichende Eigenschaft des mCPBA als starkes Oxidationsmittel zurückzuführen. Aus zeitlichen Gründen wurde dieser Ansatz nicht weiter verfolgt.

Im Folgenden wurden Versuche zur Kupfer-vermittelten Radiofluorierung von **118** mit der optimierten Radiofluorierungsmethode aus **3.4** untersucht (Schema 33)



Schema 33: Die Kupfer-vermittelte Radiomarkierung des Boronsäure-funktionalisierten Vorläufers 118 mit Fluor-18 über 20 Minuten bei 120 °C in DMA. Dabei wurden unterschiedliche Elutionsmethoden untersucht.

In Tabelle 17 sind die gewählten Bedingungen der durchgeführten Kupfer-vermittelten Radiofluorierung von **118** aufgelistet.

Lösungsmittel	Elution	Reaktionsbedingungen	Vorläufer 118 (µmol)	[Cu] (µmol)	RCC
DMA	KOTf/K ₂ CO ₃	20 min, 120 °C	0.40	1.60	k.U.
DMA	DMAPH+OTf	20 min, 120 °C	0.40	1.60	k.U.
DMA	<i>n</i> -BuOH/ TEAHCO₃	20 min, 120 °C	0.40	1.60	k.U.

Tabelle 17: Die Kupfer-vermittelte Radiomarkierung des Boronsäure-funktionalisierten Vorläufers **118** mit Fluor-18 bei 120 °C in DMA (Reaktionszeit: 20 Minuten). Dabei wurden unterschiedliche Elutionsmethoden untersucht.

Die Radiofluorierungen von 118 wurden mit verschiedenen Elutionslösungen, analog zur Radiofluorierung der einfachen Si-Rhodamine 100a–100c, mit azeotroper Trocknung (Elution: mit KOTf-Lösung aus H₂O/MeCN) und ohne azeotrope Trocknung (Elution mit DMAPH⁺OTf⁻ oder n-BuOH/TBAHCO₃) in DMA für 20 Minuten bei 120 °C durchgeführt. Dabei wurden die Radiomarkierungen im Stoffmengenverhältnis 1:4 (Vorläufer:[Cu(OTf)₂(py)₄]) untersucht. Anhand von Tabelle 17 lässt sich erkennen, dass die durchgeführten Kupfer-vermittelten Radiomarkierungsstrategien unter diesen Bedingungen keinen Erfolg bei der Radiofluorierung von 118 erbrachten. Hierbei können sterische aber auch elektronische Aspekte die Radiomarkierung von 118 verhindern. Zwar wird dem PFP-Ester eine hohe Stabilität gegenüber hohen Temperaturen zugesprochen, aber dennoch kann eine Abspaltung des PFP-Aktivesters bei 120 °C und in DMA zur Bildung der freien Carbonsäure als Hydrolyseprodukt führen, sodass hierdurch die Radiofluorierung erschwert wird.^[210, 330-331] Aus diesen Gründen ist es ausschlaggebend, an welchen Positionen die freie Boronsäure und die biokonjugierbare Carbonsäure am Aromaten positioniert werden. Folglich müssen andere Derivate des biokonjugierbaren Si-Rhodamins synthetisiert und untersucht werden, um höhere radiochemische Umsetzungen in der Kupfer-vermittelten Radiofluorierung zu erhalten.

3.5.1. Die Herstellung von biokonjugierbaren Si-Rhodaminen zur Kupfervermittelten Radioiodierung

Da die Kupfer-vermittelten Radiofluorierungsstrategien für **118** keine erfolgreichen radiochemischen Umsetzungen zeigten, lag der Fokus im Folgenden auf der Kupfervermittelten Radioiodierung von **118** mit Iod-123. Die Experimente zur Radiomarkierung mit Iod-123 aus **3.4.2** zeigten, dass die Kupfer-vermittelten Radioiodierungen bei Raumtemperatur und mit relativ kurzen Reaktionszeiten (<20 Minuten) durchgeführt werden können. Zudem konnten mit dieser Methode hohe radiochemische Umsetzungen aber auch molare Aktivitäten im Terabecquerel-Bereich pro Mikromol erhalten werden. Bevor die Kupfer-vermittelten Radioiodierungen vom Vorläufer durchgeführt wurden, wurde zunächst die entsprechende nicht-radioaktive Referenzsubstanz **128** synthetisiert (Schema 34).



Schema 34: Die Synthese der nicht-radioaktiven Referenzsubstanz 128, ausgehend vom Si-Rhodamin 124.

Demnach wurde das Si-Rhodamin **124** mit EDC·HCl und Pentafluorophenol für drei Stunden bei Raumtemperatur in DCM gerührt. Nach wässriger Aufarbeitung und anschließender HPLC-Aufreinigung (30–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 2) wurde **128** als Trifluoracetat-Salz mit einer guten Ausbeute von 85% erhalten. Die erfolgreiche Synthese von **128** wurde mittels ¹H- und ¹³C-NMR-Spektroskopie bestätigt. Außerdem zeigte das ¹⁹F-NMR-Spektrum die charakteristischen Signale der drei chemisch nicht äquivalenten Fluoratome des PFP-Esters und auch das spezifische Signal der drei chemisch äquivalenten Fluoratome des Trifluoracetats als Gegenion des kationischen Si-Rhodamins **128**. Das HR-ESI-MS zeigte ein Basissignal von *m/z*=721.0801 für das Molekülion [M]⁺ (berechnet: *m/z*=721.0802).

Im nächsten Schritt wurde die Kupfer-vermittelte Radioiodierung von **118** untersucht. Die Radioiodierung wurde mit dem Kupfer(II)-Komplex [Cu(OTf)₂(py)₄] durchgeführt. Analog zu den Bedingungen aus Kapitel **3.4.2** wurde der Vorläufer **118** (ein Äquivalent) in Acetonitril gelöst und mit dem Kupfer-Komplex [Cu(OTf)₂(py)₄] (fünf Äquivalente) zusammengegeben, welcher in Methanol gelöst war. Anschließend wurde die Reaktionsmischung zum radioaktiven [¹²³I]Nal in Natriumhydroxid-Lösung dazugegeben und der Vorläufer für 20 Minuten bei Raumtemperatur umgesetzt (Schema 35).



Schema 35: Die Kupfer-vermittelte Radioiodierung des Si-Rhodamins **118** zur Synthese von [¹²³I]**128**. Die Reaktion wurde in einer Lösung aus [¹²³I]Nal in Natronlauge (0.02 M), Methanol und Acetonitril mit dem Kupfer(II)-Komplex [Cu(OTf)₂(py)₄] für 20 Minuten bei Raumtemperatur durchgeführt. Die gezeigten Bedingungen aus Schema 35 lieferten radiochemische Umsetzungen zwischen 56% und 93% in Abhängigkeit des Gehaltes an wässriger [¹²³I]NaI-Lösung in NaOH (0.02 M). In Tabelle 18 sind die Ergebnisse der Untersuchungen der Radioiodierung von **118** in Abhängigkeit verschiedener wässriger Anteile an radioaktivem [¹²³I]Natriumiodid in wässriger Natriumhydroxid-Lösung (0.02 M) gezeigt.

Tabelle 18: Abhängigkeit der Kupfer-vermittelten Radioiodierung von **118** vom wässrigen Anteil der Reaktionslösung. Der Wasseranteil der Reaktionslösungen betrug zwischen 2% und 10%. Die radiochemischen Umsetzungen wurden mithilfe der Radio-UHPLC ermittelt (Methode: 25–75% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 4.0 Minuten, *System* 7).

Reaktionsvolumen	Verhältnis	Anteil von 0.02 M	Radiochemischer Umsatz
	Vorläufer:[Cu]	NaOH-Lösung im	zu [¹²³ l]128
		Reaktionsansatz	(laut Radio-HPLC)
50 µL	1:5	2%	93%
		4%	71%
		6%	74%
		8%	77%
		10%	56%

Es wurde festgestellt, dass durch Steigerung des Anteils an wässriger Natriumhydroxid-Lösung (0.02 M) in Relation zum Gesamtreaktionsvolumen (50 µL) niedrigere radiochemische Umsetzungen erhalten wurden. Aus diesem Grund wurde für die Radiosynthese die Zugabe an [¹²³I]Nal in NaOH-Lösung (0.02 M) zwischen 2% und 5% begrenzt. Die Abnahme der radiochemischen Umsetzung kann auf die unzureichende Löslichkeit des Vorläufers in wässriger Lösung oder einer zunehmenden Neigung zur Protodeborylierung von [¹²³I]128 zurückzuführen sein.

Die radiochemische Ausbeute für die Umsetzung des Vorläufers **118** betrug 73±5% (*n*=3), nach SPE-Aufreinigung und anschließender Elution mit einer Lösung aus Acetonitril (+0.1% TFA) und Entfernung des Lösungsmittels bei 70 °C, unter vermindertem Druck. Dabei lagen die Startaktivitäten zwischen 115 MBq und 280 MBq [¹²³I]Nal. Alternativ führte die Radioiodierung nach semi-präparativer Radio-HPLC-Aufreinigung (45–95% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v Trifluoressigsäure (TFA) als Additiv) mit anschließender SPE-Aufreinigung, Elution und Trocknung lediglich zur einer radiochemischen Ausbeute von 31% (*n*=1).

In Abbildung 21 sind die Chromatogramme des Radio-HPLC aufgereinigten Si-Rhodamins [¹²³I]128 und des entsprechenden nicht-radioaktiven Si-Rhodamins 128 gezeigt.



Abbildung 21: Identitätsnachweis von [¹²³I]128. Überblick der normalisierten Radio-HPLC-Chromatogramme a) von [¹²³I]128 [γ -Detektion, Zählrate] mit R_i =19.5 Minuten und b) 128 als nichtradioaktive Referenzsubstanz [UV-Detektion, 650 nm] mit R_i =19.6 Minuten. Methode: 45–95% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 28 Minuten, System 7.

Die normalisierten HPLC-Chromatogramme vom radiochemisch reinen [¹²³I]128 ([¹²³I]128: R_t =19.5 Minuten) und der nicht-radioaktiven Referenz **128** (Absorption bei 650 nm; R_t =19.6 Minuten) besitzen ähnliche Retentionszeiten. Diese Feststellung weist auf die erfolgreiche Synthese und Existenz des radioiodierten Si-Rhodamins [¹²³I]128 hin.

Da die Synthese von [¹²³I]128 mit hoher radiochemischer Ausbeute erfolgte, wurden im Folgenden diverse primäre Amine ausgewählt, um mit dem PFP-Ester-funktionalisierten Si-Rhodamin [¹²³I]128 die entsprechenden radiomarkierten Carbonsäureamide zu synthetisieren.

Zunächst wurde als Modellverbindung das primäre Amin 4-Methylbenzylamin (129) ausgewählt, um eine mögliche Konjugation des primären Amins mit [¹²³I]128 zu erzielen und die Bedingungen für künftige Konjugationen mit primären Aminen von biologischen Targetvektoren (z.B. PSMA-1007-Bindungsvektor) zu optimieren. Zusätzlich wurde die dazugehörige nicht-radioaktive Referenzsubstanz 130 hergestellt. In Schema 36 ist die Konjugation von 4-Methylbenzylamin (129; zwei Äquivalente) und der nicht-radioaktiven Referenzsubstanz 130 in DMF und der sterisch gehinderten Base DIPEA (vier Äquivalente) gezeigt. Die Konjugation fand bei Raumtemperatur mit einer Reaktionszeit von drei Stunden statt.



Schema 36: Die Umsetzung des PFP-funktionalisierten Si-Rhodamins **128** mit dem primären 4-Methylbenzylamin (**129**) zum entsprechenden Carbonsäureamid **130**.

Die erfolgreiche Synthese von **130** erfolgte nach HPLC-Aufreinigung (10–90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 2) mit einer chemischen Ausbeute von 81%. Die Synthese konnte sowohl durch Überprüfung des Integralverhältnisses der Signale im ¹H-NMR-Spektrum als auch durch die Zahl der Signale im ¹³C-NMR-Spektrum bestätigt werden. Laut ¹⁹F-NMR-Spektrum konnte als Gegenion das Trifluoracetat nachgewiesen werden. Ein HR-MALDI-MS-Experiment (Matrix: DCTB: *trans*-2-[3-(4-*tert*-Butylphenyl)-2-methyl-2-propenyliden]-malonsäuredinitril) zeigte das Molekülion [M]⁺ bei *m*/*z*=658.1745 (berechnet: *m*/*z*=658.1746).

Die Auswertung des UV-Vis-NIR-Spektrums von **130** in PBS (*pH*=7.4) zeigte ein Absorptionsmaximum bei einer Wellenlänge von 652 nm und einem Emissionsmaximum bei 670 nm. Somit zeigen die Absorptions- und Emissionseigenschaften Ähnlichkeiten zu den bereits vorgestellten Si-Rhodaminen. Außerdem zeigt das UV-Vis-NIR-Spektrum, dass die Carbonsäureamid-Verknüpfung am Si-Rhodamin keinen signifikanten Einfluss auf die optischen Eigenschaften besitzt. Zwar konnte in PBS ein hoher Wert für die Quantenausbeute von 10% ermittelt werden, jedoch ist der molare Absorptionskoeffizient mit lediglich 21.600 M⁻ ¹cm⁻¹ vergleichsweise gering.

Nun wurde die prosthetische Gruppe [¹²³I]128 mit dem primären Amin 129 umgesetzt (Schema 37).

Im Unterschied zu den vorherigen Bedingungen der Konjugation des nicht-radioaktiven Si-Rhodamins **130** wurde die Radiomarkierung in einer wässrigen Lösung aus PBS (*pH*=8.8), Acetonitril und DMSO für 20 Minuten bei 60 °C durchgeführt.



Schema 37: Die erfolgreiche Umsetzung des radiomarkierten Si-Rhodamins [¹²³I]128 als prosthetische Gruppe mit dem primären Amin 4-Methylbenzylamin (**129**) in einer Lösung aus PBS (*pH*=8.8), Acetonitril und DMSO für 20 Minuten bei 60 °C zu [¹²³I]130. Die radiochemische Umsetzung betrug 83%.

In Abbildung 22 sind die normalisierten HPLC-Chromatogramme des radioaktiven Si-Rhodamins [¹²³I]130 als Rohprodukt und ohne weitere Aufreinigung (oben) und zum Vergleich das HPLC-Chromatogramm des chemisch reinen und nicht-radioaktiven Si-Rhodamins 130 (unten) gezeigt.



Abbildung 22: Identitätsnachweis von [¹²³I]130. Überblick der normalisierten Radio-HPLC-Chromatogramme a) von [¹²³I]130 [γ -Detektion, Zählrate] mit R_t =15.1 Minuten und b) 130 als nichtradioaktive Referenzsubstanz [UV-Detektion, 650 nm] mit R_t =14.9 Minuten. Methode: 45–95% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 28 Minuten, System 7.

Die Chromatogramme zeigen, dass die Retentionszeiten von [¹²³I]130 mit *R*_t=15.1 Minuten (Abbildung 22a) und 130 mit *R*_t=14.9 Minuten (Abbildung 22b) miteinander korrelieren, sodass von einer erfolgreichen Konjugation des Vorläufers [¹²³I]128 mit dem primären Amin 129 ausgegangen werden kann. Die radiochemische Umsetzung dieser Reaktion von [¹²³I]128 zu [¹²³I]130 betrug 83%, sodass eine fast vollständige Umsetzung in relativ kurzer Zeit (20 Minuten) unter Bildung weniger Nebenprodukte stattfand. Da diese Radiomarkierung als Modellreaktion zur Konjugation vom Si-Rhodamin [¹²³I]128 mit primären Aminen diente, wurden keine weiteren Experimente mit [¹²³I]130 durchgeführt.

Da die Konjugation des Si-Rhodamins [123]128 mit dem primären Amin 129 erfolgreich war, wurde im nächsten Schritt eine Biokonjugation von [1231]128 mit dem Hydrochlorid eines Indomethacin-Derivats, dem Indomethacin-4-aminobutyl-1-amid 131, genauer durchgeführt.^{4,[332]} Indomethacin-Derivate gelten als unspezifische Inhibitoren der Cyclooxygenase-1 (COX-1) und Cyclooxygenase (COX-2). Dabei handelt es sich bei Cyclooxygenasen um Enzyme, welche für die Regulation des Prostaglandin-Haushaltes zuständig sind und somit an der Prostaglandin-Synthese durch die Oxidation von Arachidonsäure beteiligt sind. Prostaglandine sind wichtige biologische Vermittler in Entzündungskrankheiten.^[333] Während COX-1 als konstitutives Enzym überwiegend zur Biosynthese von zellschützenden Prostaglandinen in der Magenschleimhaut und der Niere zuständig ist, wird COX-2 in Entzündungen oder Wunden ebenso hochreguliert. Zudem deutet eine Überexpression von COX-2 auf Tumorgenese und Tumorwachstum hin. Aus diesem Grund stellt COX-2 als adressierbares Target eine wichtige Rolle in der Behandlung von verschiedenen Krebsarten da.^[334-335]

Durch Derivatisierung des unspezifischen Indomethacins kann eine hohe Selektivität zu COX-2 erzielt werden, sodass die Derivate des Indomethacins als selektive COX-2-Inhibitoren wirken. Aus diesem Grund wurden ab 2013 von Uddin *et al.* unterschiedliche Indomethacin-Derivate an zahlreichen organischen Fluoreszenzfarbstoffen (z.B. Rhodamine, Coumarine oder auch Cyaninfarbstoffe) gebunden und anschließend biologisch evaluiert. Einige dieser Farbstoffkonjugate zeigen eine hohe Selektivität für COX-2 im Vergleich zur Isoform COX-1.^[334-336]

Um eine selektive COX-2-Inhibition von radioiodierten Indomethacin-Si-Rhodamin-Konjugaten zu erzielen, wurde der PFP-Ester **128** mit dem Hydrochlorid des Indomethacin-4aminobutyl-1-amid **131** konjugiert (Schema 38).

⁴ Das Hydrochlorid des Indomethacin-Derivats **132** wurde freundlicherweise von Dr. Markus Laube (Helmholtz-Zentrum Dresden-Rossendorf, Institut für Radiopharmazeutische Krebsforschung, Abteilung Radiopharmazeutische und Chemische Biologie) für die weitere Synthese zur Verfügung gestellt.



Schema 38: Die Umsetzung des PFP-funktionalisierten Si-Rhodamins **128** mit dem freien primären Amin des Indomethacin-4-aminobutyl-1-amids **131** zum entsprechenden Indomethacin-funktionalisierten Carbonsäureamid **132**.

Die Konjugation wurde mit den bereits verwendeten Bedingungen mit DIPEA (vier Äquivalente) als Base in DMF für drei Stunden bei Raumtemperatur durchgeführt. Nach anschließender HPLC-Aufreinigung (10-90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit v/v TFA als Additiv, System 2) wurde das Indomethacin-funktionalisierte 0.1% Si-Rhodamin 132, als nicht-radioaktive Referenzsubstanz, mit einer chemischen Ausbeute von 85% als blauer Feststoff erhalten. Die erfolgreiche Synthese des Si-Rhodamin-Biokonjugats 132 konnte sowohl durch Überprüfung des Integralverhältnisses der Signale im ¹H-NMR-Spektrum als auch durch die vollständige Anzahl der Signale im ¹³C-NMR-Spektrum bestätigt werden. Mithilfe des ¹⁹F-NMR-Spektrums konnte als Gegenion das Trifluoracetat nachgewiesen werden. Außerdem zeigen sowohl HR-ESI-MS-Experimente als auch HR-MALDI-MS-Experimente (Matrix: DCTB) das Molekülion [M]⁺ mit m/z=964.2519 (HR-ESI-MS) und *m/z*=964.2532 (HR-MALDI-MS) mit passendem Masse-zu-Ladung-Verhältnis (berechnet: m/z=964.2517). Das UV-Vis-NIR-Spektrum des nicht-radioaktiven Si-Rhodamins 132 zeigt in PBS (pH=7.4) ein minimal bathochrom verschobenes Absorptions- und Emissionsspektrum mit einem Absorptionsmaximum bei 659 nm und einem Emissionsmaximum bei 675 nm. Die Quantenausbeute des Konjugats 132 liegt in PBS lediglich bei 3%, sodass die Konjugation des Indomethacins an das Si-Rhodamin-Gerüst mit einem Verlust der Fluoreszenz einhergeht.

Die Konjugation des radioiodierten Si-Rhodamins [¹²³I]128 mit Indomethacin-4-aminobutyl-1amid 131 erfolgte im nächsten Schritt (Schema 39).

In einem ersten Initialversuch wurde das radioiodierte Si-Rhodamin [¹²³I]132 analog zu den Bedingungen der Synthese von [¹²³I]130 hergestellt. Demnach fand die Biokonjugation, unter leicht basischen Bedingungen mit PBS (pH=8.8), in Acetonitril und DMSO statt.



Schema 39: Die erfolgreiche Umsetzung des radiomarkierten Si-Rhodamins [¹²³I]128 als prosthetische Gruppe mit dem primären Amin des Indomethacin-4-aminobutyl-1-amid **131** in einer Lösung aus PBS (*pH*=8.8), Acetonitril und DMSO für 20 Minuten bei 60 °C. Die radiochemische Umsetzung betrug 76%.

Nach einer Reaktionszeit von 20 Minuten bei 60 °C wurde eine Radio-HPLC-Messung des Rohprodukts von [¹²³I]132 durchgeführt (Abbildung 23).



Abbildung 23: Identitätsnachweis von [¹²³I]132. Überblick der normalisierten Radio-HPLC-Chromatogramme a) von [¹²³I]132 [γ -Detektion, Zählrate] mit R_t =16.6 Minuten und b) 132 als nichtradioaktive Referenzsubstanz [UV-Detektion, 650 nm] mit R_t =16.5 Minuten. Methode: 45–95% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 28 Minuten, *System* 7.

Abbildung 23 zeigt eine hohe radiochemische Umsetzung des PFP-Esters [¹²³I]128 von 76% zu einem Hauptprodukt. Die Retentionszeit dieser radioiodierten Verbindung (Abbildung 23a,

 R_t =16.6 Minuten) korreliert mit der Retentionszeit der nicht-radioaktiven Verbindung des Indomethacin-funktionalisierten Si-Rhodamins **132** (Abbildung 23b, R_t =16.5 Minuten). Aus diesem Grund kann von einer erfolgreichen Umsetzung des radioiodierten PFP-Esters [¹²³I]128 mit dem Indomethacin-4-aminobutyl-1-amid **131** zum Konjugat **132** ausgegangen werden. Die erhaltene hohe radiochemische Umsetzung verspricht ebenso eine hohe radiochemische Ausbeute. Aus zeitlichen Gründen wurden keine weiteren Charakterisierungen und biologische Evaluierungen sowohl des erhaltenen Radiotracers [¹²³I]132 und als auch des nicht-radioaktiven Farbstoffkonjugats **132** vorgenommen.

Ein weiterer Targetvektor, welcher im Rahmen dieser Arbeit genauer untersucht wurde, ist der PSMA-Bindungsvektor. Dieser sollte an das radioiodierte Si-Rhodamin [¹²³I]128 geknüpft werden. Zur Konjugation an das entsprechende Si-Rhodamin diente die Grundstruktur des PSMA-1007-Vorläufers 133. Da der Wirkstoff [¹⁸F]PSMA-1007 eine hohe Bindungsaffinität zu PSMA-positiven LNCaP-Prostatatumorzellen (K_i =6.7±1.7 nM) zeigt, ist es von besonderem Interesse, ob und inwiefern das niedermolekulare Si-Rhodamin 134 des entsprechenden PSMA-Inhibitor-Si-Rhodamin-Farbstoffkonjugats die hohe Bindungsaffinität zu Prostatatumorzellen beeinflusst.^[19, 24]

Danach sollte der neue Radiotracer radiochemisch charakterisiert und anschließend erste biologische Untersuchungen mit dem Tracer durchgeführt werden, um die Eigenschaften des Radiotracers zu beurteilen und um den direkten Vergleich des neuen Farbstoffkonjugats zum PET-Radiotracer [¹⁸F]PSMA-1007 zu ziehen. Zusätzlich sollte als Vergleichssubstanz die nicht-radioaktive Referenzsubstanz *in vitro* und *in vivo* analysiert werden. Daraus kann folglich die Performance des neuentwickelten Farbstoffkonjugats **134** als Radiotracer für die bimodale Bildgebung, welcher überwiegend zur SPECT-Bildgebung genutzt werden soll, aber auch des nicht-radioaktiven Konjugats zur Nutzung in der optischen Bildgebung und der Fluoreszenzgestützten Chirurgie zur Tumorresektion bewertet werden.

Analog zu den vorangegangenen Konjugationsvorschriften zur Carbonsäureamid-Bildung, wurde im folgenden das PSMA-Bindungsmotiv **133** an das PFP-Ester-funktionalisierte Si-Rhodamin **128** angeknüpft (Schema 40).



Schema 40: Die Umsetzung des PFP-funktionalisierten Si-Rhodamins **128** mit dem freien primären Amin des PSMA-1007-Vorläufers **133** zum entsprechenden PSMA-Inhibitor-funktionalisierten Carbonsäureamid **134**.

Die Synthese des nicht-radioaktiven Konjugats 134 erfolgte mit dem PSMA-1007-Vorläufer 133, dem PFP-Ester 128 und DIPEA (sechs Äquivalente) als Base in DMF für drei Stunden bei Raumtemperatur. Die anschließende HPLC-Aufreinigung des Rohprodukts (10-90% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 35 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, System 2) lieferte das entspreche PSMA-Si-Rhodamin-Konjugat 134 mit einer chemischen Ausbeute von 72%. Die Synthese wurde durch die Überprüfung der Integralverhältnisse der Signale im ¹H-NMR-Spektrum als auch durch die Zahl der Signale im ¹³C-NMR-Spektrum bestätigt. Laut ¹⁹F-NMR-Spektrum konnte das Trifluoracetat als anionisches Gegenion nachgewiesen werden. Ein MALDI-MS-Experiment (Matrix: a-CHCA: a-Cyano-4-hydroxyzimtsäure) zeigte das Molekülion [M]⁺ bei m/z=1444.4 (berechnet: m/z=1444.4454). Des Weiteren zeigte das HR-ESI-MS ebenfalls das Molekülion [M]⁺ mit dem passenden Masse-zu-Ladung-Verhältnis m/z=1444.4445. Nach Bestimmung der optischen Eigenschaften in PBS (*pH*=7.4) zeigte **134** ein Absorptionsmaximum bei 659 nm und ein Emissionsmaximum bei 682 nm. Somit wird ersichtlich, dass die Absorptions- und Emissionseigenschaften im Vergleich zu den vorherigen Si-Rhodaminen (z.B. von Si-Rhodamin 100-103) bathochrom verschoben sind. Zudem zeigt der molare Absorptionskoeffizient in PBS einen vergleichsweise hohen Wert von 93.000 M⁻¹cm⁻¹ mit einer Quantenausbeute von 12%. Anhand dieser Eigenschaften ist ein Einsatz in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie sinnvoll.

Im nächsten Schritt wurde mithilfe des *"shake flask-Verfahrens"* und basierend der Absorptionseigenschaften des Si-Rhodamins **134** der Verteilungskoeffizient experimentell in einem *n*-Oktanol/PBS-Gemisch bestimmt.^[337-338] Für den Verteilungskoeffizient ergab sich ein Wert von log $D_{pH=7.4}$ =–1.23±0.26 (*n*=5). Der Verteilungskoeffizient zeigt eine ausgeprägte Wasserlöslichkeit des Konjugats **134** unter physiologischen Bedingungen.

Die Verteilungskoeffizienten vom Konjugat **134** und dem kommerziell erhältlichen PSMA-1007-Wirkstoff zeigen im direkten Vergleich eine ähnliche Wasserlöslichkeit (log $D_{pH=7.4}=-1.6$).^[339] Im Gegensatz zu anderen verwandten klinisch erfolgreich getesteten und hochaffinen Wirkstoffen (z.B. PSMA-11 (log $D_{pH=7.4}=-2.9$), PSMA-617 (log $D_{pH=7.4}=-4.3$) oder das PSMA-DCFPyL (log $D_{pH=7.4}=-3.4$)) besitzt **134** dahingegen eine um einige Größenordnungen geringere Wasserlöslichkeit.^[339-341] Die niedrigere Wasserlöslichkeit und somit erhöhte Lipophilie kann zu einem entscheidenden Einfluss der Pharmakokinetik von **134** *in vivo* führen.^[26]

Das nicht-radioaktive Konjugat **134** wurde nun *in vitro* und *in vivo* biologisch näher untersucht, um etwaige Bindungsaffinitäten des neuen Farbstoffs **134** zu PSMA-positiven LNCaP-Prostatatumorzellen zu ermitteln.⁵ Die Fähigkeit des Konjugats **134** an LNCaP-Prostatatumorzellen zu binden wurde basierend auf der Detektion der Fluoreszenzsignale des Si-Rhodamins **134** an einem entsprechenden Fluoreszenz-Scansystem untersucht (Typhoon[™] FLA 9500, GE Healthcare, Boston, USA Biomolecular Imager GE Healthcare Bio-Sciences Corp., Marlborough, MA, USA).

In Bindungsstudien wurde das Konjugat **134** zusammen mit einem 300-fachen Überschuss von 2-PMPA (2-Phosphonomethylpentandicarbonsäure) zu frisch kultivierten LNCaP-Tumorzellen gegeben. Das 2-PMPA gilt als Blockade- und Verdrängungsreagenz zur Bestimmung der totalen Bindung in LNCaP-Tumorzellen. Die Bindungsstudien wurden mit unterschiedlichen Pufferlösungen bei 0 °C durchgeführt, um ideale Bedingungen zur Verdrängung des 2-PMPA durch das Konjugat **134** zu untersuchen. Dabei wurden als Pufferlösungen PBS (pH=7.4) und bovines Serumalbumin (BSA; 5%) oder PBS (pH=7.4) und Triton-X 100 als Detergens verwendet. Die Behandlungsdauer der LNCaP-Tumorzellen mit verschiedenen Konzentrationen des Konjugats **134** (500 nM, 250 nM, 125 nM and 62.5 nM) betrug 90 Minuten. Anschließend wurden die Zellen mit den Pufferlösungen gewaschen und mithilfe des Fluoreszenzscansystems analysiert. In Abbildung 24 sind die Ergebnisse der Bindungsstudien gezeigt.

Die Bindungsstudien veranschaulichen, dass keine signifikant hohe spezifische Bindung vom Konjugat **134** zu LNCaP-Prostatatumorzellen vorhanden ist, da in Relation zur totalen Bindung (TB) ein sehr hoher Anteil an unspezifischer Bindung (USB) zu erkennen ist. Dieser Trend wurde in beiden Pufferlösungen festgestellt.

⁵ Das nicht-radioaktive Konjugat **134** wurde von Dr. Cornelius Donat (Helmholtz-Zentrum Dresden-Rossendorf, Institut für Radiopharmazeutische Krebsforschung, Abteilung Translationale TME-Liganden) *in vitro* und *in vivo* biologisch untersucht.



Abbildung 24: Bindungsstudien mit PSMA-positiven LNCaP-Tumorzellen und verschiedenen Konzentrationen des Farbstoffkonjugats **134**. Dabei wurden die Pufferlösungen a) PBS (pH=7.4) mit bovinem Serumalbumin (BSA; 5%) oder b) PBS (pH=7.4) und Triton-X 100 genutzt. Die Daten beruhen auf Fluoreszenzdetektion. Als Verdrängungsreagenz wurde 2-Phosphonomethylpentandicarbonsäure (2-PMPA) in einem 300-fachen Überschuss genutzt. Die Behandlung der Zellen mit 2-PMPA und dem Konjugat **134** erfolgte bei 0 °C.

Der Anteil an unspezifischer Bindung für die jeweiligen Konzentrationen an **134** und der verwendeten Pufferlösungen ist in Abbildung 25 gezeigt. Daraus ergeben sich für die Experimente mit den höchsten Konzentrationen des Konjugats (500 nM) die höchsten Werte der Verdrängung von 2-PMPA mit einer spezifischen Bindung von lediglich 20% (Abbildung 25a; 500 nM) bzw. 14% (Abbildung 25b; 500 nM). Für die restlichen Konzentrationen konnten nur geringe spezifische Bindungen (1%–14%) ermittelt werden.

Der hohe Anteil an unspezifischer Bindung lässt vermuten, dass das Konjugat **134** keine hohe Affinität zu LNCaP-Tumorzellen besitzt.



Abbildung 25: Ergebnisse der Bindungsstudien mit PSMA-positiven LNCaP-Tumorzellen und verschiedenen Konzentrationen des Farbstoffkonjugats **134** durch Angabe der unspezifischen Bindung (USB) relativ zur erhaltenen totalen Bindung (TB). a) Behandlung und Waschung der Zellen mit PBS (pH=7.4) und bovinem Serumalbumin (BSA; 5%) oder b) PBS (pH=7.4) und Triton-X 100 als Detergens.

Im nächsten Schritt wurden Gewebeschnitte in Form von Gefrierschnitten von LNCaP- und PC3-Tumoren und Muskelgewebe isoliert und anschließend mit dem Farbstoffkonjugat **134** und 2-PMPA (300-facher Überschuss) behandelt, um Rückschlüsse zu selektiven Anreicherungen im Gewebe zu erzielen. Die Analyse der Gewebeschnitte erfolgte erneut

basierend auf Fluoreszenzdetektion. In Abbildung 26a sind die untersuchten Gewebeschnitte und in Abbildung 26b die daraus resultierenden Ergebnisse der unspezifischen Bindung des Konjugats **134** nach Auswertung der Fluoreszenzdetektion gezeigt.



Abbildung 26: a) Gefriergewebeschnitte von LNCaP- und PC3-Tumoren und Muskelgewebe, welche mit dem Farbstoffkonjugat **134** und 2-PMPA (300-facher Überschuss) behandelt wurden. b) Das Balkendiagramm zeigt die resultierende unspezifische Bindung des Konjugats **134** zum entsprechenden Gewebe nach Auswertung der erhaltenen Fluoreszenzsignalen.

Analog zu den Zellbindungsstudien zeigen die Gewebeschnitte ähnlich hohe unspezifische Bindungseigenschaften des Farbstoffkonjugats **134** mit LNCaP-Tumorgewebe, sodass lediglich von einer geringen spezifischen Bindung von maximal 24% ausgegangen werden kann (Abbildung 26b). Zudem wurde eine hohe unspezifische Bindung in Muskelgewebe und PC-3 Tumorgewebe festgestellt. Die höhere spezifische Bindungsaffinität von **134** zu LNCaP-Tumorgewebe im Vergleich zum PC3-Gewebe (spezifische Bindung: 9%) zeigt, dass sich **134** tendenziell selektiver in LNCaP-Gewebe anreichert als in PC-3 Gewebe. Um konkrete Aussagen über die selektive Anreicherung von **134** in LNCaP-Tumorgewebe zu tätigen, müsste jedoch der Anteil an spezifischer Bindung höher sein.

Aufgrund der beobachteten Ergebnisse zur geringen Bindungsaffinität von Konjugat **134** zu den LNCaP-Tumorzellen wurde im Folgenden eine Dosis-Wirkungs-Kurve ermittelt, um die Inhibitoreigenschaften von **134** zu analysieren. In der Pharmakologie wird hierzu die mittlere inhibitorische Konzentration IC_{50} (IC_{50} , engl.: *"half maximal inhibitory concentration"*) zur Hilfe genommen, um die Inhibitorwirkung von Hemmstoffen oder Antagonisten zu beschreiben. Der IC_{50} -Wert gibt dabei die Konzentration an, welche benötigt wird, um einen biologischen Prozess halbmaximal zu inhibiteren.^[342]

In Abbildung 27 ist die Dosis-Wirkungs-Kurve des Konjugats **134** zu LNCaP-Tumorzellen zur Bestimmung des IC_{50} -Werts gezeigt. Als Verdrängungsreagenz wurden hierbei unterschiedliche Konzentrationen des 2-PMPA genutzt. Aus dem Graphen lässt sich erkennen, dass verhältnismäßig hohe Konzentrationen an 2-PMPA (im mM-Bereich)
erforderlich waren, um eine Verdrängung des Konjugats **134** in den LNCaP-Tumorzellen zu erkennen.



Abbildung 27: Dosis-Wirkungs-Beziehung des Konjugats **134** zu den LNCaP-Tumorzellen zur Bestimmung des *IC*₅₀-Werts. Als Verdrängungsreagenz wurden unterschiedliche Konzentrationen von 2-PMPA genutzt. Der ermittelte *IC*₅₀-Wert betrug 3.99 mM, sodass von keiner Bindungsaffinität von **134** zu LNCaP-Tumorzellen ausgegangen werden kann.

Anhand der Dosis-Wirkungs-Kurve lässt sich eine halbmaximale inhibitorische Konzentration von IC_{50} =3.99 mM errechnen. Da dieser Wert sehr hoch ist, ist von keiner signifikanten Bindungsaffinität des Konjugats **134** zu LNCaP-Tumorzellen auszugehen. Des Weiteren muss berücksichtigt werden, dass aufgrund der eingesetzten millimolaren Konzentrationen von 2-PMPA und der generell hohen unspezifischen Bindungseigenschaften des Konjugats **134**, der IC_{50} -Wert in dieser Größenordnung nicht akkurat ermittelt werden kann.

Zusammenfassend lässt sich feststellen, dass die mit dem Farbstoffkonjugat **134** erhobenen *in vitro* Daten keine signifikant hohe Bindungsaffinität zu den LNCaP-Tumorzellen zeigen. Dennoch wurden im nächsten Schritt *in vivo* Experimente durchgeführt, um die Verteilung des nicht-radioaktiven Farbstoffkonjugats **134** in lebenden Nacktmäusen zu untersuchen und eine potentielle Anreicherung in LNCaP-Tumorgewebe festzustellen.

In Abbildung 28a sind die optischen Aufnahmen von Nacktmäusen (Typ: Crl:NMRI-Foxn1^{nu}) gezeigt, welche mit dem nicht-radioaktiven Biokonjugat **134** injiziert wurden. Die Nacktmäuse wurden mit LNCaP-Tumorzellen (Anzahl der Tumorzellen: 5x10⁶) inokuliert. Die Studien wurden nach vier Wochen durchgeführt, nachdem der Tumor eine Mindestgröße von 5 mm erreicht hatte. Das PSMA-funktionalisierte Si-Rhodamin **134** wurde in einer Lösung aus PBS/Ethanol (5%) mit einer Menge von ca. 100 µg (Stammlösung: 1.00 mM in PBS+5%

EtOH, 64.2 μL, 64.2 nmol) in die Nacktmäuse injiziert. Anschließend wurden nach verschiedenen Zeitpunkten die optischen Aufnahmen (fünf Stunden und 24 Stunden) durchgeführt.

Aus den Fluoreszenzaufnahmen in Abbildung 28a wird ersichtlich, dass fünf Stunden nach Injektion des Biokonjugats **134** in den Schwanz der Nacktmaus eine erhöhte Fluoreszenz an der Injektionsstelle des Schwanzes vorhanden ist. Dies wird auch durch Auswertung der Fluoreszenzemissionen während der Bioverteilung des Konjugats in der Maus ersichtlich (Abbildung 29, blau), sodass die Fluoreszenz nach fünf Stunden langsam aber stetig absinkt. Dies ist wohl aufgrund der erhöhten Lipophilie oder der injizierten erhöhten Konzentration des Konjugats **134** zurückzuführen. Erhöhte Konzentrationen des Konjugats **134** können, aufgrund der π - π -Wechselwirkung der Aromaten im Si-Rhodamin-Gerüst, zu einer Aggregatbildung des Farbstoffs führen. Zudem lässt sich anhand von Abbildung 29 und den damit einhergehenden Fluoreszenzsignalen erkennen, dass die Aufnahme des Konjugats **134** in Leber und Niere recht hoch ausfällt. Dies unterstützt ebenfalls die These einer verhältnismäßig hohen Lipophilie des Konjugats. Zusätzlich wird ersichtlich, dass die Aufnahme von **134** im LNCaP-Tumor sehr gering ausfällt. Nach 24 Stunden reduziert sich die allgemeine Intensität der Fluoreszenz in der Nacktmaus. Jedoch lässt sich immer noch keine erhöhte Fluoreszenz im Tumor erkennen.



Abbildung 28: Daten der *in vivo* Experimente nach Injektion des PSMA-Inhibitor-funktionalisierten Si-Rhodamins **134** in eine Nacktmaus mit Prostatatumor-Xenograft. a) Fluoreszenzaufnahmen von Nacktmäusen nach Injektion des nicht-radioaktiven **134** und nach verschiedenen Zeitpunkten (fünf Stunden und 24 Stunden). b) Fluoreszenzaufnahmen der *ex vivo* Untersuchungen der Organe und Gewebe nach fünf Stunden.

Wie die *in vitro* Bindungsstudien bereits zeigten, lassen die *in vivo* Experimente ebenfalls vermuten, dass das Si-Rhodamin **134** keine signifikante Bindungsaffinität zu LNCaP-Tumorgewebe besitzt.

Nach Injektion einer weiteren Nacktmaus mit einer ähnlichen Stoffmenge des Konjugats **134** wurde eine *ex vivo* Untersuchung durchgeführt und die Organe mittels Fluoreszenzdetektion analysiert (Abbildung 28b). Analog zu den *in vivo* Aufnahmen, zeigen die *ex vivo* Aufnahmen ebenfalls eine erhöhte Aufnahme in Leber und Niere. Zudem konnten keine Fluoreszenzsignale im Muskel festgestellt werden. Die auf Fluoreszenzdetektion basierenden Daten zeigen ebenfalls eine sehr geringe Aufnahme im Tumor.



Abbildung 29: Zeitabhängige Fluoreszenzintensitäten in einer Echtzeitanalyse der Organe und Gewebe nach Injektion des nicht-radioaktiven Si-Rhodamins 134 in eine Nacktmaus mit Prostatatumor-Xenograft.

Die geringen LNCaP-Tumoraufnahmen in der Maus bestätigen erneut eine geringe Affinität des Konjugats **134** zu LNCaP-Tumorzellen. Hierfür könnte ein möglicher Grund die vergleichsweise hohe Lipophilie des Konjugats oder auch der geringe Abstand des Si-Rhodamin-Grundgerüsts zum PSMA-Wirkstoff sein. Jedoch ist anzumerken, dass der Wirkstoff [¹⁸F]PSMA-1007 einen ähnlichen Verteilungskoeffizienten aufweist, aber dennoch hochaffine Bindungseigenschaften zu LNCaP-Tumorzellen aufweist. Aus diesem Grund könnte ein erhöhter Abstand zwischen den beiden Teilen des Moleküls eher zu einer besseren Affinität zu Prostatatumorzellen führen. Die beiden Aspekte der erhöhten Lipophilie und des geringen Abstands zwischen dem Farbstoff und dem PSMA-Bindungsvektor könnten durch die Einführung eines geeigneten wasserlöslichen Linkers optimiert und verbessert werden. Im Folgenden sollte der direkte Vergleich des nicht-radioaktiven PSMA-funktionalisierten Si-Rhodamins **134** und des radioaktiven Analogons in biologischen Experimenten verfolgt

werden. Aus diesem Grund wurde zunächst die radioaktive Verbindung [¹²³I]134 synthetisiert, um anschließend die biologische Evaluierung durchzuführen und SPECT-Aufnahmen zu generieren. Im Vergleich zum nicht-radioaktiven Konjugat [¹²³I]134 sind zur biologischen Evaluierung des radioaktiven Analogons lediglich pikomolare Stoffmengen notwendig, sodass dieser Stoffmengenunterschied ebenfalls einen Einfluss auf die Bioverteilung der Farbstoff-Konjugate haben kann.

Die Konjugation von [1231]128 mit dem PSMA-Wirkstoff 133 zu [1231]134 wird in Schema 41 gezeigt. Hierbei wurden unterschiedliche Bedingungen zur Konjugation genutzt, um eine möglichst hohe radiochemische Umsetzung zu erzielen. So wurde die Reaktion unter basischen Bedingungen in PBS (pH=8.8 oder pH=9.8) oder in DMF mit verschiedenen sterisch anspruchsvollen Basen durchgeführt. Hier wurden die Reaktionsbedingungen mit 20 Minuten Reaktionszeit und mit 60 °C Reaktionstemperatur gewählt (Tabelle 19; Einträge: 1–9). Stoffmengenanteile (Äquivalente) basieren auf dem Die radioiodierten PFP-Ester [123]128, welcher in wasserfreiem Acetonitril vorlag. Für die Reaktionsansätze wurde der PSMA-Tracer Vorläufer 133 in einem Überschuss von 11 Äquivalenten eingesetzt.



Schema 41: Die Untersuchungen zur Biokonjugation des radiomarkierten Si-Rhodamins [¹²³I]128 als prosthetische Gruppe mit dem primären Amin des PSMA-1007-Bindungsmotivs **133** für mindestens 20 Minuten bei 60 °C. [¹²³I]134 konnte mit radiochemischen Umsetzungen bis zu 64% erhalten werden.

Die unterschiedlichen Bedingungen lieferten das Si-Rhodamin [¹²³I]134 mit radiochemischen Umsetzungen bis zu 64%. Dabei wurde die RCC mittels Radio-HPLC ermittelt (Methode: 45–95% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 28 Minuten, *System* 7). Es wurde festgestellt, dass die Bedingungen, welche zu dem Benzylamin-funktionalisierten Si-Rhodamin [¹²³I]130, aber auch zum Indomethacin-funktionalisierten Si-Rhodamin [¹²³I]132 führten (PBS (pH=7.4), 20 Minuten, 60 °C), keinen Umsatz zu dem PSMA-Inhibitor-funktionalisierten Si-Rhodamin [¹²³I]134 zeigten (Tabelle 19, Eintrag: 1). Hierbei wurde der PSMA-Tracer Vorläufer 133 in DMSO gelöst.

Die Erhöhung des pH-Wertes in PBS (*pH*=9.8) führte ebenfalls zu keiner Umsetzung, sodass der PFP-Ester [¹²³]**128** nach einer Reaktionszeit von 20 Minuten bei 60 °C unverändert vorlag (Eintrag: 2). Da die wässrigen Bedingungen zu keinem Erfolg bei der Synthese von [¹²³]**134** führten, wurden ähnliche Bedingungen untersucht, welche für die Synthese des nicht-radioaktiven PSMA-Inhibitor funktionalisierten Si-Rhodamins **134** erfolgreich genutzt wurden. Demnach wurde der PSMA-Tracer Vorläufer **133** in DMF gelöst. Nach Verwendung der sterisch gehinderten und nicht-nukleophilen Base DIPEA (66 Äquivalente) wurde [¹²³]]**134** in einem radiochemischen Umsatz von 36% erhalten (Eintrag: 3). Die Verdopplung der Stoffmenge von DIPEA (132 Äquivalente) führte lediglich zu einer RCC von 4% (Eintrag: 5). Unter analogen Bedingungen und 4-DMAP (0.6 Äquivalente) als Zusatz, konnte [¹²³]]**134** lediglich mit einer RCC von 8% erhalten werden (Eintrag: 4). Außerdem wurde festgestellt, dass als Nebenprodukt der PFP-Ester hydrolysiert wurde und somit die radioiodierte freie Carbonsäure [¹²³]]**124** entstanden ist. Die Entstehung und Präsenz des Nebenprodukts [¹²³]]**124** konnte in HPLC-Messungen anhand des nicht-radioaktiven Si-Rhodamins **124** als Referenz verifiziert werden.

Die Verwendung von 66 bzw. 132 Äquivalenten der Base Triethylamin (TEA) führten lediglich zu radiochemischen Umsetzungen von 14% bzw. 10% (Eintrag: 6 und 7).

Tabelle 19: Unterschiedliche Bedingungen zur Konjugation des radiomarkierten Si-Rhodamins [¹²³I]128 mit dem primären Amin des PSMA-1007-Bindungsmotivs **133** zu dem PSMA-konjugierten Si-Rhodamin **134**, durch Verwendung verschiedener Lösungsmittelgemische und sterisch gehinderter Basen. Die Reaktionen wurden für mindestens 20 Minuten bei 60 °C durchgeführt. Die radiochemischen Umsetzungen wurden mittels Radio-HPLC ermittelt. Methode: 45–95% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 28 Minuten, *System* 7.

Eintrag	Lösungsmittel	PSMA-1007 Vorläufer	Base*	Reaktions- bedingungen	RCC (laut Radio-HPLC)
1	PBS (<i>pH</i> =8.8), MeCN, DMSO	11 Äq.	-	60 °C, 20 min	0%
2	PBS (<i>pH</i> =9.8), MeCN, DMSO		-	60 °C, 20 min	0%
3	DMF, MeCN		DIPEA (66 Äq.)	60 °C, 20 min	36%
4	DMF, MeCN		DIPEA (66 Äq.), 4-DMAP (0.6 Äq.)	60 °C, 20 min	8%
5	DMF, MeCN		DIPEA (132 Äq.)	60 °C, 20 min	4%
6	DMF, MeCN		TEA (66 Äq.)	60 °C, 20 min	14%
7	DMF, MeCN		TEA (132 Äq.)	60 °C, 20 min	10%
8	DMF, THF, MeCN		DIPEA (66 Äq.)	60 °C, 40 min	64%
9	DMF, THF, MeCN		DIPEA (132 Äq.)	60 °C, 20 min	61%

Überraschenderweise wurde festgestellt, dass der Zusatz von THF zu höheren RCCs führt (Eintrag: 8 und 9). Demnach konnten hohe radiochemische Umsetzungen zwischen 61% und 64% erhalten werden.

Diese Bedingungen zeigen, dass für die Konjugation von [¹²³I]128 sterisch gehinderte und nicht-nukleophile Basen nötig sind.

Die Bedingungen aus Eintrag 8 wurden nun genutzt, um die Konjugation von [¹²³I]128 (160 nmol) zu dem PSMA-Inhibitor funktionalisierten Si-Rhodamin [¹²³I]134 durchzuführen. Nach erfolgter Reaktion wurde das Rohprodukt mittels semi-präparativer Radio-HPLC aufgereinigt (45–95% MeCN/H₂O, linearer Gradient in 33 Minuten, mit 0.1% v/v TFA als Additiv, *System* 6). Zwar konnte einmalig eine erfolgreiche Aufreinigung von [¹²³I]134 ausgeführt werden, jedoch betrug die erhaltene radiochemische Ausbeute in der entsprechend eingesammelten Fraktion lediglich 5%. Die erfolgreiche Radiosynthese von [¹²³I]134 kann durch den Vergleich der HPLC-Chromatogramme der nicht-radioaktiven Referenzsubstanz 134 bestätigt werden. Demnach korrelieren die Retentionszeiten von [¹²³I]134 (R_{t} =6.3 Minuten) und 134 (R_{t} =6.3 Minuten) zueinander (Abbildung 30).



Abbildung 30: Identitätsnachweis von [¹²³I]134. Überblick der normalisierten Radio-HPLC-Chromatogramme a) von [¹²³I]134 [γ -Detektion, Zählrate] mit R_t =6.3 Minuten und b) 134 als nichtradioaktive Referenzsubstanz [UV-Detektion, 650 nm] mit R_t =6.3 Minuten. Methode: 45–95% MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA als Additiv, linearer Gradient in 28 Minuten, System 7.

Aus zeitlichen Gründen konnte die Formulierung durch SPE, die anschließende Elution von der Festphase und die Entfernung der Lösungsmittel im Rahmen dieser Arbeit nicht mehr realisiert werden. Außerdem wurden keine weiteren Optimierungsreaktionen durchgeführt, um die isolierte radiochemische Ausbeute zu erhöhen. Aus diesen Gründen konnten keine Verteilungskoeffizienten (pH=7.4) oder Stabilitätsuntersuchungen in humanem Serum bestimmt werden und sind somit Bestandteil zukünftiger Forschungsarbeiten.

Zusammenfassend lässt sich feststellen, dass die Konjugation bzw. die Carbonsäureamid-Bildung des PFP-Ester-funktionalisierten Si-Rhodamins [¹²³I]128 erfolgreich durchgeführt wurde. Nach Optimierungsversuchen konnten die entsprechenden Amid-funktionalisierten Si-Rhodamine [¹²³I]130, [¹²³I]132 und [¹²³I]134 mit hohen radiochemischen Umsetzungen erzielt werden, so dass diese nach Isolierung und Formulierung künftig für weitere Experimente bereitgestellt werden können. Zwar zeigt das nicht-radioaktive PSMAfunktionalisierte Si-Rhodamin 134 keine signifikante Bindungsaffinität zu PSMA-positiven LNCaP-Prostatatumorzellen, dennoch sollte in weiteren biologischen Experimenten die Bindungsaffinität des radioaktiven Analogons [¹²³I]134 zu LNCaP-Tumorzellen evaluiert werden, um aussagekräftige *in vitro* Informationen aber auch der Bioverteilung von [¹²³I]134 in Mäusen zu erhalten und etwaige Unterschiede festzustellen.

Die simple Konjugation des PFP-Esters [¹²³I]128 als prosthetische Gruppe an andere klinischrelevante und prominente Targetvektoren ermöglicht eine vielseitige Nutzung der radiomarkierten Si-Rhodamine in SPECT- und optischer Bildgebung. Dennoch sollte bei der Auswahl der Targetvektoren die erhöhte Lipophilie der prosthetischen Gruppe [¹²³I]128 berücksichtigt werden. Aus diesem Grund sollten die Lipophilien des Targetvektors als auch der prosthetischen Gruppe [¹²³I]128 nahe beieinander liegen, um die pharmakokinetischen Eigenschaften des resultierenden Tracers so gering wie möglich zu beeinflussen.

4. Zusammenfassung und Ausblick

Silizium-Rhodamine stellen als Nahinfrarot(NIR)-Fluoreszenzfarbstoffe und in Kombination mit Radionukliden eine wichtige Möglichkeit in der bimodalen Bildgebung dar. Die radiomarkierten Farbstoffe können für klinische Applikationen wie die bildgestützte chirurgische Entfernung von Tumoren genutzt werden.

In der vorliegenden Arbeit wurden durch mehrere organische Syntheseschritte Si-Rhodamine entwickelt und deren optische Eigenschaften im wässrigen Medium untersucht. Nach Radiomarkierung der Si-Rhodamine mit den klinisch relevanten Radionukliden Fluor-18, Technetium-99m und Iod-131 konnte eine Vielzahl von neuartigen radiomarkierten Si-Rhodaminen zur multimodalen Bildgebung (PET/OI und SPECT/OI) hergestellt und charakterisiert werden.

Im ersten Teilprojekt der Arbeit wurde eine Syntheseroute zur Herstellung von Si-Rhodaminen über Palladium-katalysierte Suzuki-Miyaura-Kreuzkupplungsreaktionen optimiert. Diese Variante stellt eine alternative Syntheseroute zu den klassischen Herstellungsmethoden von Si-Rhodaminen mit relativ kurzen Synthesesequenzen dar. Außerdem ermöglicht diese Strategie einen schnellen Zugang zu neuartigen Si-Rhodaminen mit hoher chemischer Reinheit und umgeht aufwendige HPLC-Aufreinigungen. Mithilfe dieser Methode konnten Si-Rhodamine mit einer chemischen Ausbeute von bis zu 91% erhalten werden. Trotz der erhaltenen hohen Ausbeuten wurde auch festgestellt, dass *ortho*-substituierte Si-Rhodamine (relativ zum Xanthen-Grundgerüst) nicht zugänglich waren. Somit müssen für die Synthese *ortho*-substituierter Si-Rhodamine die bereits etablierten Herstellungsmethoden angewandt werden.

Im nächsten Teilprojekt der Arbeit wurde der Fokus auf die Markierung der Si-Rhodamine mit dem Gammaemitter Technetium-99m für die SPECT- und OI-Bildgebung gerichtet (Abbildung 31). Die Rhenium- und Technetium-99m-Komplexe **77** und **78** konnten in einer siebenstufigen Reaktion hergestellt werden. Dabei wurde der Rhenium(I)-Komplex **77** als nicht-radioaktive Referenzsubstanz zum Technetium(I) vollständig charakterisiert. Die optischen Eigenschaften von **77** zeigten maximale Absorptions- und Emissionswellenlängen im tiefroten bis klinischen NIR-Bereich (ca. 650 nm und 670 nm) und Quantenausbeuten im wässrigen Medium von 9% mit einer ausgeprägt hohen Photostabilität nach Bestrahlung des Farbstoffs mit NIR-Licht. Diese Daten lassen sich mit Farbstoffen, welche von der FDA zugelassen wurden (wie Protoporphyrin IX: Φ_{F} =0.08 und Indocyaningrün: Φ_{F} =0.09) und in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie Anwendung finden, kompetitiv vergleichen.^[241] Die Radiomarkierung des Si-Rhodamins **76** mit Technetium-99m erfolgte mit einer radiochemischen Ausbeute von 59% und der isolierte Komplex **78** zeigte einen tendenziell lipophilen Charakter mit einem Verteilungskoeffizienten von log *D*_{pH=7.4}=1.11. *In vitro* Dekomplexierungsexperimente des Rhenium-Komplexes **77** mit *L*-Histidin zeigten eine sehr hohe Stabilität nach 24 Stunden. Zusätzlich wurde festgestellt, dass der Technetium-Komplex **78** nach 24 Stunden in humanem Serum vollständig intakt war. Diese Erkenntnisse zeigen erstmals, dass der Farbstoff grundlegend für die SPECT/OI geeignet ist. Durch künftige *in vivo* Experimente kann eine intrinsische Selektivität des Technetium-99m-Komplexes untersucht werden. Außerdem kann der Einsatz der beiden Komplexe **77** und **78** zur Detektion von Wächterlymphknoten geprüft werden, da der Farbstoff ähnliche Eigenschaften wie kommerziell erhältliches nanokolloidales Technetium-99m und der Farbstoff Patentblau V besitzt, aber zusätzlich noch optische Eigenschaften im NIR-Wellenlängenbereich aufweist.

Des Weiteren kann die hohe Stabilität der Komplexe genutzt werden, um den Fokus auf die Einführung eines Targetvektors in das Si-Rhodamin-Grundgerüst zu richten und die selektive Anreicherung in zu untersuchendem Tumorgewebe zu erleichtern. Die Einführung von geeigneten Targetvektoren (z.B. PSMA-1007-Bindungsmotiv, Octreotid- oder FAPI-Liganden) kann sich zudem positiv auf die Wasserlöslichkeit des Radiotracers auswirken.

Da im Gegensatz zum Gammaemitter Technetium-99m höhere Auflösungen und quantitative Informationen mit dem Positronenemitter Fluor-18 für die PET-Bildgebung erhalten werden können, wurde der Fokus im weiteren Verlauf der Arbeit auf die Einführung von Fluor-18 in das Grundgerüst des Si-Rhodamins gelegt.

Zunächst wurde über eine SiFA-Austauschreaktion versucht, einen Fluor-19 und Fluor-18 Isotopenaustausch am sterisch gehinderten *tert*-Butyl-substituierten Silan des Si-Rhodamins zu erzielen. Es wurde jedoch festgestellt, dass die Vorläuferverbindung, welche für den Isotopenaustausch von Fluor-19 gegen radioaktives Fluor-18 dient, schwer zugänglich ist und eine hohe Instabilität aufweist. Aus diesem Grund konnte keine erfolgreiche Fluor-19 und Fluor-18 Isotopenaustauschreaktion nachgewiesen werden. Folglich müsste in künftigen Experimenten untersucht werden, ob eine stärker abschirmende und sterisch anspruchsvolle Gruppe (z.B. Adamantyl-Rest) das Silan vor unerwünschten Nukleophilen schützt, sodass ein erfolgreicher Isotopenaustausch stattfinden und das radiofluorierte Si-Rhodamin biologisch evaluiert werden kann.

Schließlich wurde die Radiofluorierung am freien Phenylring des Si-Rhodamins durchgeführt. Hierbei wurden literaturbekannte Methoden zur Kupfer-vermittelten Radiofluorierung (CMRF) von aromatischen Borverbindungen genutzt und aus diesem Grund verschiedene Boronsäure-funktionalisierte Regioisomere des Si-Rhodamins synthetisiert. Die nichtradioaktiv fluorierten Referenzsubstanzen zeigen hohe Quantenausbeuten (8%–22%) aber auch eine hohe Photostabilität im wässrigen Medium, sodass diese Si-Rhodamine in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie Anwendung finden können. Des Weiteren wurde gezeigt, dass die Kupfer-vermittelte Radiofluorierung lediglich mit zwei Regioisomeren des Si-Rhodamins erfolgreich verläuft. Die erhaltenen radiofluorierten Si-Rhodamine [18F]103a und [¹⁸F]103b konnten nach zahlreichen Optimierungsversuchen mit radiochemischen Ausbeuten zwischen 33% und 54% erhalten werden. Die isolierten Si-Rhodamine [18F]103a und [¹⁸F]103b sind nach zwei Stunden in einer Kochsalzlösung stabil und zeigen ebenfalls nach zwei Stunden in humanem Serum Stabilitäten zwischen 74% ([18F]103b) und 80% ([18F]103a). Außerdem wurden für beide Regioisomere hohe molare Aktivitäten zwischen 43 GBq/µmol ([¹⁸F]103b) und 70 GBq/µmol ([¹⁸F]103a) erhalten. Die ermittelten Verteilungskoeffizienten zeigen eine verhältnismäßig hohe Lipophilie für [¹⁸F]103a $(\log D_{pH=7.4}=2.92)$ und [¹⁸F]103b $(\log D_{pH=7.4}=3.22)$. Die geringe Wasserlöslichkeit der kationischen Si-Rhodamine muss bei der Derivatisierung der Farbstoffe zur Einführung von Targetvektoren berücksichtigt werden. Jedoch kann durch die Wahl von geeigneten Targetvektoren, welche eine hohe Anzahl an polaren funktionellen Gruppen besitzen (z.B. PSMA-1007-Bindungsmotiv oder Octreotid-Liganden), eine Absenkung der Lipophilie und folglich eine Erhöhung der Wasserlöslichkeit erreicht werden.

Eine weitere Methode, welche für aromatische Boronsäure-funktionalisierte Verbindungen zum Tragen kommt, ist die Kupfer-vermittelte Radioiodierung (CMRI) mit Radioisotopologen des lods wie der Gammaemitter lod-123. Mithilfe dieser Strategie konnte [¹²³I]109, unter milden Bedingungen, mit einer radiochemischen Ausbeute von bis zu 54% dargestellt und isoliert werden. Aufgrund der Einführung des lipophilen lods in das Si-Rhodamin-Grundgerüst konnte ein Verteilungskoeffizient von log $D_{pH=7.4}$ =3.48 erhalten werden. Die sehr hohe molare Aktivität des Si-Rhodamins [¹²³I]109 (A_m =7.64 TBq/µmol), welche bisher auch gleichzeitig die höchste molare Aktivität für NIR-Farbstoffe darstellt, verspricht für künftige biokonjugierbare und tumoraffine Si-Rhodamine ein hohes Signal-zu-Rausch-Verhältnis bei SPECT-Aufnahmen.

Des Weiteren konnte durch konfokale Laserscanning-Mikroskopie gezeigt werden, dass die nicht-radioaktiven Si-Rhodamine **103a** und **103b** in Kolokalisationsexperimenten mit dem Mitotracker[®] Green FM eine hohe mitochondriale Anreicherung in PC3-Tumorzellen aufweisen. Daher werden in künftigen Experimenten die unspezifischen und lipophilen Si-Rhodamine auf ihr vielversprechendes Potential als myokardiale Perfusionsmarker für die bimodale PET/OI- und SPECT/OI-Bildgebung hin untersucht.

Um eine selektive Anreicherung der bimodalen Si-Rhodamine in ausgewähltem Tumorgewebe zu erreichen, wurden die Si-Rhodamine entsprechend derivatisiert und für die Radiomarkierung vorbereitet. So wurde ein entsprechendes Si-Rhodamin für die Ausbildung einer Carbonsäureamidbindung mit Targetvektoren durch eine Carboxylgruppe versehen und auch mit einer Boronsäure zur Radiomarkierung mit Fluor-18 und Iod-123 funktionalisiert. Anschließend wurde anhand von unterschiedlichen Bedingungen der CMRF festgestellt, dass sich der Vorläufer **118** nicht radiofluorieren ließ. Die alternative Variante der CMRI mit Iod-123 erfolgte dagegen mit einer hohen radiochemischen Ausbeute von 73% zum PFP-funktionalisierten Si-Rhodamin [¹²³I]128. In einer Folgereaktion konnte die erhaltene prosthetische Gruppe [¹²³I]128 mit unterschiedlichen primären Aminen zum entsprechenden Carbonsäureamid derivatisiert werden. Somit konnten nach Optimierung im Rahmen dieser Arbeit eine Modellverbindung (4-Methylbenzylamin; RCC: 83%) und die Targetvektoren Indomethacin (RCC: 76%) und das PSMA-1007 (RCC: 64%) mit hohen radiochemischen Umsetzungen an [¹²³I]134 radiokonjugiert werden. Die Ermittlung der radiochemischen Kenngrößen (radiochemische Ausbeute, molare Aktivität, Verteilungskoeffizient und Stabilitätsexperimente) aber auch die biologische Evaluierung (*in vitro* und *in vivo*) der entwickelten radioiodierten Radiotracer sind Gegenstand aktueller Forschung.

In ersten *in vitro* und *in vivo* Experimenten wurde festgestellt, dass die nicht-radioaktive Referenzsubstanz des PSMA-funktionalisierten Si-Rhodamins **134** (log *D*_{pH=7.4}=–1.23) eine geringe Affinität zu LNCaP-Prostatatumorzellen und eine sehr niedrige Tumoranreicherung im Prostatakarzinom-Xenograft-Nacktmausmodell zeigt. Aus diesem Grund muss in künftigen Experimenten verifiziert werden, ob das dazugehörige radiomarkierte Konjugat [¹²³I]134 ähnliche Ergebnisse liefert. Falls [¹²³I]134 ebenfalls keine Tumoraffinität aufweist, so könnte ein weiterer Linker zwischen dem Si-Rhodamin und dem PSMA-Bindungsmotiv mehr Erfolg in der Affinität und der Tumoranreicherung zeigen.

In weiteren Versuchen kann die Halbwertszeit des Iod-123 genutzt werden, um die prosthetische Gruppe [¹²³I]128 an monoklonale Antikörper (z.B. Trastuzumab, Panitumomab oder Cetuximab) zu knüpfen und anschließend die Anreicherung im entsprechenden Gewebe über SPECT- und optische Bildgebung zu verfolgen. Die resultierenden Konjugate können dann in der Fluoreszenz-gestützten Chirurgie zur Tumorresektion eingesetzt werden.^[243, 343] In Abbildung 31 ist eine Zusammenstellung der wichtigsten nicht-radioaktiven und radiomarkierten Si-Rhodamine gezeigt, welche in dieser Arbeit charakterisiert wurden.



Abbildung 31: Die in im Rahmen dieser Arbeit nicht-radioaktiven und radioaktiv markierten Si-Rhodamine für eine Anwendung in der bimodalen Bildgebung (PET/OI oder SPECT/OI) zur Fluoreszenz-gestützten chirurgischen Entfernung von Tumoren.

Außerdem sind die dazugehörigen optischen und radiochemischen Eigenschaften der Si-Rhodamine aus Abbildung 31 in Tabelle 20 aufgezeigt.

Tabelle 20: Überblick der optischen und radiochemischen Eigenschaften der neuentwickelten Si-Rhodamine, welche im Rahmen dieser Arbeit synthetisiert wurden. Die optischen Eigenschaften wurden in PBS (*pH*=7.4) gemessen.

SiR	$\lambda_{ m abs}$ [nm]	$\lambda_{ m em}$ [nm]	ε _{max} [M ⁻¹ cm ⁻¹]	${\pmb \phi}_{\sf F}$	RCY	A _m [GBq/µmol]	$\log D_{\rm pH=7.4}$
77	654	669	39 100	0.09	-	-	-
78	-	-	-	-	59±2%	-	1.11±0.02
[¹⁸ F]103a	649	665	88 700	0.12	54±1%	70.1±3.2	2.92±0.32
[¹⁸ F]103b	650	666	51 100	0.08	33%	42.8±9.5	3.22±0.18
[¹²³ I]109	648	667	41 100	0.14	54±5%	7640±270	3.48±0.29
[¹²³ I]128	-	-	-	-	73±5%	-	-

5. Experimental Section

5.1 General remarks

Unless otherwise stated reactions requiring exclusion of oxygen and moisture were carried out in heat-gun dried flasks under argon gas or nitrogen atmosphere using the Schlenktechnique.

All **chemicals** and **solvents** were purchased from Sigma-Aldrich Laborchemikalien GmbH, abcr GmbH, Acros Organics and were used without further purification. Deuterated solvents were acquired from Deutero GmbH. The anhydrous solvents dichloromethane, diethyl ether, dimethylacetamide (DMA), dimethylformamide (DMF), methanol and tetrahydrofuran were purchased from Sigma-Aldrich Laborchemikalien GmbH in Sure/Seal[™] bottles.

NMR spectra were recorded at room temperature on the following spectrometers with Bruker Avance III 400 MHz/500 MHz/600 MHz, Agilent DD2-400 MHz and Agilent DD2-600 MHz (ProbeOne NMR probe) for ¹H-NMR spectra, 128 MHz and 192 MHz for ¹¹B-NMR spectra, 101 MHz and 151 MHz for ¹³C-NMR spectra and 376 MHz for ¹⁹F-NMR spectra, respectively. Chemical shifts are reported in δ units relative to chloroform- $d(\delta_{H}=7.26 \text{ ppm}; \delta_{C}=77.2 \text{ ppm})$, methanol- d_4 ($\delta_{H}=3.31 \text{ ppm}; \delta_{C}=49.0 \text{ ppm}$) and acetonitrile- d_3 ($\delta_{H}=1.94 \text{ ppm}; \delta_{C}=1.32 \text{ ppm}$).^[344] Analyses followed first order and the following abbreviations were used throughout: s=singlet, d=doublet, t=triplet, dd=doublet of doublet etc., m=multiplet. Coupling constants (*J*) are given in Hz and refer to H, H-couplings. The ¹¹B-NMR experiments were carried out with Wilmad[®] quartz NMR tubes.

High Resolution Mass spectra (HR-MS) were carried out in the Institute for Organic Chemistry of the University of Heidelberg under the direction of Dr. Jürgen Gross and the Helmholtz-Zentrum Dresden-Rossendorf. The high-resolution mass spectra (HR-MS) were obtained with the electrospray ionization (ESI) as ionization method. The experiments were acquired with the spectrometer BrukerApexQe hybrid 9.4 T FT-ICR. Further measurements were obtained on a Q-TOF MS: Agilent 1260 Infinity II HPLC (Santa Clara, California, USA; pump G7111B, autosampler G7129A, column oven G7116N, UV detector G7717C, eluent MeCN/water acidified with 0.1% formic acid, bypass mode) coupled to UHD Accurate Mass Q-TOF LC MS G6538A. The molecule ions are reported as mass to charge (*m/z*) relation.

UV-Vis-NIR absorption spectra were recorded either on a NanoDrop ¹C instrument (AZY1706045) or on a spectrophotometer Specord 50 (Analytik Jena, Germany) from 300 nm to 800 nm in a quartz cuvette (1 cm path length). The measurements were carried out in

phosphate buffered saline solution (PBS), DMSO, methanol or deionized water containing ethanol (5%) at room temperature. The fluorescence quantum yields were performed with relative measurements using a reference dye according to the literature.^[345]

Nile Blue A in ethanol ($\Phi_F=0.27$) and [Ru(bipy)₃]Cl₂ in water ($\Phi_F=0.042$) as reference standards were used for the determination of the quantum yields.^[238, 299] Fluorescence properties were determined using a Hitachi F-7100 FL (Minato-ku, Tokyo, Japan) spectrophotometer and the Perkin Elmer LS-55 fluorescence spectrophotometer from Perkin Elmer Inc. (Waltham, Massachusetts, USA) at room temperature. The excitation wavelength for the samples is account for 600 nm. The acquired data were analysed with OriginPro 2020 (64-bit) SR1.

Photostability experiments were investigated on a Perkin Elmer LS-55 fluorescence spectrometer by using the integrated laser and the irradiation of the samples (with concentrations between 1 μ M and 5 μ M of the samples in a quartz cuvette (1 cm path length) with a pulsed laser of the wavelength of 640 nm (20 kW, pulse width at half peak height < 10 μ s) up to a maximum time of two hours. After several time points (10 min, 30 min, 1 h and 2 h) emission spectra were measured on the same device to determine the photostability of the corresponding dye. Alternatively the photostability of the dyes **73–77** were determined by measuring the decrease in absorption of the corresponding samples after irradiation with the Specord 50 (Analytik Jena, Germany) device described above.

Infrared spectra were conducted using the FT-IR-spectrometer Nicolet[™] iS5 ATR from Thermo Scientific[™] (Waltham, Massachusetts, USA) or were carried out with a FT-IRspectrometer VERTEX 80/80v from Bruker. The samples were pressed with potassium bromide and were measured as transparent pellets. Alternatively the samples were measured in ATR modus with a ZnSe crystal. The spectra were measured in the range from 500 cm⁻¹ to 4000 cm⁻¹ and the relevant type of signals were indicated as very strong (vs), s (strong), w (weak) and br (broad).

Analytical Thin Layer Chromatography (TLC) was carried out on polygram-TLC-plates produced by Machery-Nagel (40x80 mm, SIL G/UV254, 0.2 mm layer thickness). Detection was carried out using UV-light (254 nm or 366 nm).

Flash column chromatography was carried out on silica gel (0.032–0.062 mm, produced by Macherey-Nagel) using manual techniques. Organic mobile phase mixtures of different solvents (hexanes/ethyl acetate, dichloromethane/methanol and chloroform/methanol) were used for purification.

High-Performance Liquid Chromatography (HPLC) system was used for analytical purposes or semi-preparative purification:

- LaPrep P110 (VWR International, Radnor, USA) equipped with a variable DAD detector (P314, VWR) and the C₁₈ column from MACHEREY-NAGEL GmbH & Co. KG (Nucleodur Sphinx® RP column VP250/21, 5 µm 250x21 mm). The following method was used for purification: 10–95% MeCN/H₂O, linear gradient in 32 minutes, with constant 0.1% v/v trifluoroacetic acid (TFA) additive and a flow rate of 20.0 mL/min (*system* 1).
- Knauer Smartline system (Knauer Wissenschaftliche Geräte GmbH, Berlin, Germany) equipped with a Smartline pump 1000, the degasser system Smartline manager 5000 with performance at room temperature, UV-Vis-NIR Smartline detector 2500 for wavelength detection at 254 nm and 650 nm and the C₁₈ column from Phenomenex (Gemini[®], 5 µm, 110 Å, LC Column 250x4.6 mm). The purification was performed with the following systems: 10–90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive and a flow rate of 5.30 mL/min (*system* 2, 10–90%).

Alternatively the purification was carried out with a method using 30-90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive and a flow rate of 5.50 mL/min (*system* 2, 30–90%).

- Analytical HPLC analysis via Agilent 1100 series (Agilent Technologies, Inc., Santa Clara, USA) equipped with the degasser system G1322A, G1311A-QuatPump-pump, G1313A-ALS autosampler and G1315B diode array detector for wavelength detection at 254 nm and the C₁₈ column from Merck KGaA (Chromolith[®] Performance, 2 μm, 130 Å, LC Column 100x4.6 mm). The analysis was performed with the following system: 10–100% MeCN/H₂O, linear gradient in 10 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive and a flow rate of 2.00 mL/min (*system* 3).
- Radio-HPLC analysis and purification of the technetium-99m radiolabeled Si-rhodamine **78** by using a semi-preparative Shimadzu HPLC20AR equipped with a binary gradient pump, SPD-20a/20a UV-Vis detector for wavelength detection at 220 nm and 254 nm, auto injector and the gamma Laura[™] radio detector on a Gemini-NX C₁₈ column (7 µm, 110 Å, LC column 100x3 mm, AXIA[™] packed). The HPLC was applied at room temperature using a method with 5–95% MeCN/H₂O, linear gradient in 20 minutes, with constant 0.1% v/v TFA as additive and a flow rate of 0.80 mL/min (*system* 4).
- Radio-HPLC purification of [¹⁸F]103a and [¹⁸F]103b were performed by using a semipreparative Shimadzu prominence LC-20AR equipped with a LC-20AR binary gradient module, SIL-10AR sample manager, SPD-M20A PDA detector and gamma-detector

LB 500 Herm (Berthold Technologies, Germany). The purification was performed on a Nucleosil[®] 100-7 C₁₈ column (7 μ m, 100 Å, LC column 250x16 mm). The data was processed with Labsolution Software V. 5.92. Further, the purification was carried out using an isocratic method with MeCN/H₂O+0.1% v/v TFA as additive in a ratio of 55:45 and a flow rate of 5 mL in 50 minutes (*system* 5).

Radio-HPLC purification of [¹²³I]109 was carried out by using a semi-preparative Jasco LC-NetII/ADC interface equipped with a quaternary pump Jasco PU-2089 PLUS with a vacuum degasser, a Jasco UV-2075 detector (Jasco Corporation, Tokyo, Japan) and the gamma spectrometer GABI from Elysia-Raytest GmbH (Straubenhardt, Germany). The purification was performed on a Luna[®] C₁₈ column (10 µm, 100 Å, LC column 250x10 mm). The data was processed through Jasco ChromNAV Software. The purification was carried out using a linear gradient from 25–75% (or 45–95%) in 33 minutes, with constant 0.1% v/v TFA as additive and a flow rate of 4.00 mL/min (*system* 6).

(Ultra) High-Performance Liquid Chromatography (UHPLC/HPLC) system was used for analytical purposes: Shimadzu Nexera X2 UHPLC system (Shimadzu Corporation, Kyoto, Japan) equipped with a dual pump LC-30AD, on-line degasser DGU-20A_{3R} and DGU-20A_{5R}, column oven CTO-20AC with two column switching valves FCV-14AH and a performance at 40 °C, the fluorescence detector RF-20A, an autosampler SIL-30AC, the photodiode array detector (PDA) for detection at wavelengths at 254 nm and 650 nm (SPD-M20A), the communication bus module CBM-20A and the gamma spectrometer GABI from Elysia-Raytest GmbH (Straubenhardt, Germany; detection of fluorine-18: 100–600 keV; detection of iodine-123: 100–200 keV). For the HPLC the analytical C₁₈ column Kinetex[®] from Phenomenex (5 μ m, 100 Å, LC Column 250x4.6 mm) and for the UHPLC the analytical C₁₈ column Kinetex[®] (1.7 μ m, 100 Å, LC Column 50x2.1 mm) were used.

- The analytical HPLC analysis was performed with the following systems: (*system* 7) using a linear gradient method with MeCN/H₂O+0.1% TFA at a flow rate of 1 mL/min (HPLC 25-75: t₀ min25/75-t₃ min25/75-t₂₈ min75/25-t₂₉ min95/5-t₃₄ min95/5-t₃₅ min25/75-t₄₀ min25/75, total time: 40 min or HPLC 45-95: t₀ min45/55-t₃ min45/55-t₂₈ min95/5-t₃₅ min95/5-t₃₅ min45/55-t₄₀ min45/55, total time: 40 min) or an isocratic mode (HPLC 55 iso: t₀ min45/55-t₁₅ min45/55).
- The analytical UHPLC analysis was performed to determine the radiochemical conversions (RCCs) using a linear gradient method with MeCN/H₂O+0.1% TFA (UHPLC 25–75: t₀ min25/75–t_{0.3} min25/75–t_{4.0} min-75/25–t_{4.5} min-95/5–t_{5.5} min-95/5–t_{6.0} min 25/75–t_{7.5} min25/75; total time: 7.5 min) at a flow rate of 0.5 mL/min.

The molar activities and the stabilities in saline/human serum of [¹⁸F]103a and [¹⁸F]103b were determined with a HPLC method using an isocratic method with MeCN/H₂O+0.1% TFA in a ratio of 55:45 (*system* 7, HPLC 55 iso; total time: 15 min).

Melting points were determined on a Boetius hot microscope table (VEB Wägetechnik Rapido Radebeul/VEB Kombinat NAGEMA, Germany).

Chemical formulas were drawn with ChemDraw Professional 19.1.1.21

NMR data were analyzed with MestReNova 10.0.1-14719.

Radiolabeling with technetium-99m. Na[^{99m}TcO₄] was eluted using a solution of 0.9% saline (1.0 mL) obtained from a ⁹⁹Mo/^{99m}Tc sterile generator from Triad Isotopes (Triad Isotopes–Canton, MA).

Radiolabeling with fluorine-18. The [¹⁸F]KF was produced via a ¹⁸O(p, n)¹⁸F reaction by bombardment of enriched [¹⁸O]water with 18–30 MeV protons using a TR-Flex-Zyklotron (Advanced Cyclotron Systems Inc., ACSI, Canada) in the Helmholtz-Center Dresden-Rossendorf.^[346]

Radiolabeling with iodine-123. The non-carrier containing sodium [¹²³I]iodide (Na[¹²³I]I) was produced in-house using a TR-Flex cyclotron (Advanced Cyclotron Systems Inc., ACSI, Canada) and the gas target KIPROS 200 from ZAG Zyklotron AG (Eggenstein-Leopoldshafen, Germany) by bombardment of highly enriched ¹²⁴Xe gas with 30 MeV protons via, amongst others, the nuclear reaction ¹²⁴Xe(p, pn)¹²³Xe \rightarrow ¹²³I.^[346] Concentration of the crude [¹²³I]iodide and formulation in 0.02 M aqueous sodium hydroxide was performed by ROTOP Pharmaka GmbH at the HZDR campus. Aliquots containing [¹²³I]iodide in an activity concentration between ca. 20–50 MBq/µL were used for further experiments and were diluted with sodium hydroxide (0.02 M) accordingly.

Radio-HPLC was performed using HPLC *systems* 4, 5, 6 and 7. Radio-TLC (DCM/MeOH 85:15) was carried out as described above and visualized using a Fuji BAS 2000[®] scanner system and was then evaluated using an image data analyzer (AIDA) software (Version 5.1 SP4, Raytest, Straubenhardt, Germany).

Confocal laser scanning microscopy was accomplished with the Olympus Fluoview[™] 1000 confocal laser scanning microscope (Olympus Fluoview 1000, Melville, NY, USA) using a 60x (numerical aperture (NA) 1.35) oil objective. The confocal images were carried out using the standardized DAPI, Alexa Fluor 488 and Alexa Fluor 647 optical filters. The data were evaluated using the FV10-ASW software. The cell experiments (preparing PC-3 cells for cell

staining and confocal microscopy) were carried out under supervision of Johanna Wodtke (Helmholtz-Zentrum Dresden-Rossendorf, Institute for Radiopharmaceutical Cancer Research, Department of Radiopharmaceutical and Chemical Biology).

Fluorescent binding assays/in vivo experiments were carried by Dr. Cornelius Donat (Helmholtz-Zentrum Dresden-Rossendorf, Institute for Radiopharmaceutical Cancer Research, Department for Translational TME-Ligands). The evaluation of **134** was based on fluorescence on a Typhoon[™] FLA 9500 (GE Healthcare, Boston, USA Biomolecular Imager GE Healthcare Bio-Sciences Corp., Marlborough, MA, USA) imaging system.

Syntheses procedures from 5.2.1 to 5.2.23 are based on published work in the form of bachelor, master and doctoral theses as well as peer-reviewed manuscripts.^[89, 195-198, 347-348]

5.2 Syntheses

5.2.1 General Procedure: synthesis of boroxines^[157, 198]

$$3 \text{ ArB(OH)}_2 \xrightarrow{120 \circ \text{C}, 6 \text{ h}} = 3 \text{ H}_2 \text{O} \xrightarrow{\text{B}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{B}} \text{O} \xrightarrow{\text{B}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{B}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{B}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{B}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{B}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{B}} \xrightarrow{\text{O}} \xrightarrow{\text{O}}$$

The arylboronic acid (100 mg) was given into a lockable vial and was heated up to 120 °C for six hours at high vacuum. The obtained boroxines were added to the Suzuki-Miyaura coupling reactions without further purification and analytical characterization.

5.2.2 Synthesis of 4,4'-methylenebis(3-bromo-N,N-dimethylaniline) (56)^[153, 198]



3-Bromo-*N*,*N*-dimethylaniline (**55**) (10.0 g, 50.0 mmol, 1.0 eq.) was dissolved in glacial acetic acid (80 mL). Afterwards formaldehyde (37% in water, containing 10–15% methanol, 10.0 mL, 134 mmol, 2.7 eq.) was added to the colorless solution in one portion. The colorless solution was warmed up to 60 °C and was stirred for 1.5 hours. After complete conversion (monitored by normal phase TLC: *n*-hexane/ethyl acetate 95:5) the solution was allowed to cool to room temperature. The acetic acid was evaporated under reduced pressure. Then a saturated solution of sodium bicarbonate (20 mL) was carefully added to the reaction mixture and the

brown solution was added to a separation funnel. The suspension was extracted with ethyl acetate (4x50 mL). Subsequently the combined organic phases were washed with a saturated solution of sodium chloride (brine). The combined organic phases were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The resulting crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, *n*-hexane/ethyl acetate 95:5) to obtain 4,4'-methylenebis(3-bromo-*N*,*N*-dimethylaniline) (**56**) (6.81 g, 16.5 mmol, 66%) as a colorless solid.

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=6.97 (s, 2 H, H_{arom}), 6.86 (d, *J*=8.5 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.62 (d, *J*=6.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 4.01 (s, 2 H, CH₂), 2.92 (s, 12 H, CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=150.1, 130.9, 127.2, 125.7, 116.4, 112.0, 40.7, 40.0.

IR (ATR, neat): *u* [cm⁻¹]=2882 (br), 2805 (br), 1607 (vs), 1544 (s), 1504 (vs).

 R_f value (*n*-hexane/ethyl acetate: 95:5)=0.30.

Melting point: T=101-103 °C.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{17}H_{20}^{79}Br^{81}BrN_2$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M+H] ⁺	413.0046	413.0050

The analytical data are in accordance with the data from the literature.^[153, 200]

5.2.3 General procedure for the synthesis of Si-xanthones^[195, 197-198, 200]

The aniline **56** (1.50 g, 3.64 mmol, 1.0 eq.) was dissolved in a heat-dried round-bottom flask in anhydrous diethyl ether (80 mL) under an argon atmosphere. The solution was cooled down to 0 °C and *n*-BuLi (4.0 mL, 2.5 M in *n*-hexane, 10.2 mmol, 2.8 eq.) was added dropwise to the colorless solution. The color of the solution changed gradually to a bright yellow. Under vigorous stirring the solution was stirred for two hours at 0 °C. Afterwards the silane (1.0 eq.) was added dropwise via a syringe to the reaction mixture at 0 °C. After few minutes a colorless

precipitation was observed. The solution was allowed to warm up to room temperature and was stirred over night. After complete conversion (monitored by normal phase TLC: nhexane/ethyl acetate 80:20) the pale yellow mixture was quenched with water (100 mL) and extracted with diethyl ether (3x200 mL). The combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. The benzylic oxidation was conducted using a procedure published by Bertozzi et al.[201] The residual brown solid was dissolved in DCM (40 mL) and cooled down to 0 °C. Then a mixture of potassium permanganate (1.73 g, 10.9 mmol, 3.0 eq.) in water (50 mL), potassium hydroxide solution (1 M; 7.50 mL) and tetrabutylammonium bisulfate (510 mg, 1.50 mmol, 0.4 eq.) was freshly prepared in a beaker. The dark violet solution was carefully added to the blue solution at 0 °C. Afterwards the cooling bath was removed and the reaction mixture was stirred for further 30 minutes at room temperature. The solution was quenched by addition of acetic acid (7.50 mL) to the reaction mixture. Then sodium sulfite (2.85 g, 22.7 mmol, 6.0 eq.) was added in one portion as solid and the color of the solution changed immediately from brown to dark green. The reaction mixture was diluted with water (50 mL) and the organic phase was separated. The aqueous phase was extracted with ethyl acetate (3x100 mL) and then with DCM (3x150 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, n-hexane/ethyl acetate) to afford the Si-xanthones 48 and 88 as yellow solids.

5.2.3.1 Synthesis of Si-xanthone 48



The Si-xanthone **48** was synthesized from **56** (1.50 g, 3.64 mmol, 1.0 eq.) and dichlorodimethylsilane (470 mg, 3.64 mmol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.3. The Si-xanthone **48** was obtained after flash column chromatography (silica gel, *n*-hexane/ethyl acetate 95:5 to 60:40) as a yellow solid (614 mg, 1.89 mmol, 52%).

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=8.40 (d, *J*=9.0 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.85 (d, *J*=2.1 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.80 (dd, *J*=8.7 Hz, 2.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.10 (s, 12 H, N-CH₃), 0.47 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=185.4, 151.5, 140.6, 131.8, 129.9, 114.4, 113.3, 40.2, -0.9.

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=2949 (br, s), 2808 (br), 2635 (w), 1682 (s), 1573 (vs), 1505 (s).

 R_f value (*n*-hexane/ethyl acetate: 8:2)=0.18.

Melting point: T=221-223 °C.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{19}H_{24}N_2OSi$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[2M+Na] ⁺	671.3208	671.3218

The analytical data are in accordance with the data from the literature.^[200]

5.2.3.2 Synthesis of Si-xanthone 88



The Si-xanthone **88** was synthesized from **56** (1.50 g, 3.64 mmol, 1.0 eq.) and *tert*butyltrimethoxysilane (649 mg, 3.64 mmol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.3. The Si-xanthone **88** was obtained after flash column chromatography (silica gel, *n*-hexane/ethyl acetate 95:5 to 85:15) as a yellow solid (808 mg, 2.11 mmol, 58%).

¹H-NMR (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=8.35 (d, *J*=8.9 Hz, 2H, H_{arom}), 6.92 (d, *J*=2.7 Hz, 2H, H_{arom}), 6.86 (dd, *J*=9.0 Hz, 2.8 Hz, 2H, H_{arom}), 3.47 (s, 3H, O-CH₃), 3.10 (s, 12H, N-CH₃), 0.92 (s, 9H, C(CH₃)₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=185.6, 151.2, 135.5, 131.8, 131.7, 115.2, 113.2, 52.1, 40.2, 25.9, 18.4. IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=2931 (br, m), 2854 (br, m), 2813 (w), 1578 (vs).

 R_f value (*n*-hexane/ethyl acetate: 9:1)=0.39.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{22}H_{30}N_2O_2Si_2$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[2M+Na]⁺	787.4045	787.4042

The chemical shifts from the ¹H- and ¹³C-NMR spectra are in accordance with internal data.^{[195-}

5.2.4 Suzuki–Miyaura cross coupling reactions – General Procedure^[198]



Si-xanthone 48 (1.0 eq.) was dissolved in a heat-dried flask in anhydrous dichloromethane (DCM) under an argon atmosphere. Trifluoromethanesulfonic anhydride (Tf₂O, 1.1 eq., 1 M in DCM) was added to the solution under vigorous stirring. Immediately an intense color change from yellow to dark blue arised. After 20 minutes of stirring at room temperature the solvent was removed under reduced pressure. The boron source (1.1 eq.), the palladium catalyst (0.1 eq.), and sodium carbonate (3.0 eq.) were added as solids to the blue residue. Afterwards the solids were suspended in anhydrous acetonitrile. The dark blue solution was warmed up to 70 °C and was stirred overnight. After the reaction time the solution was allowed to cool down to room temperature. The solvent was removed under reduced pressure and was redissolved in DCM. The blue solution was filtrated over a short pad of Celite[®]. Deionized water was added to the filtrate and the solution was transferred into a separation funnel. The organic phase was separated. The aqueous phase was extracted DCM (3x150 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, dichloromethane/methanol) to afford the Si-rhodamines as intense blue solids.

5.2.4.1 Synthesis of Si-rhodamine 58



The synthesis was conducted as described in the general procedure 5.2.4. The Si-xanthone **48** (50 mg, 154 μ mol, 1.0 eq.) was treated with trifluoromethanesulfonic anhydride (170 μ L, 170 μ mol, 1 M in DCM, 1.1 eq.) in DCM (1 mL). Potassium phenyltrifluoroborate (28 mg, 154 μ mol, 1.0 eq.) as boron source, bis(triphenylphosphine)palladium(II) dichloride (11 mg, 15.4 μ mol, 0.1 eq.) and sodium carbonate (50 mg, 462 μ mol, 3.0 eq.) were suspended in anhydrous acetonitrile (2 mL). Si-rhodamine **58** (31 mg, 74 μ mol, 48%) was obtained as a blue solid after purification by column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 90:10).

¹H-NMR (600 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=7.61–7.58 (m, 3 H, H_{arom}), 7.36 (d, *J*=2.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.30–7.27 (m, 2 H, H_{arom}), 7.16 (d, *J*=9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.77 (dd, *J*=9.6 Hz, 2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.34 (s, 12 H, N-CH₃), 0.60 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (151 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=171.0, 155.6, 149.6, 143.2, 140.6, 130.4, 129.8, 129.3, 129.0, 122.2, 114.9, 40.9, -1.1.

R^{*f*} value (DCM/MeOH 9:1)=0.53.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{25}H_{29}N_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	385.2095	385.2100

The analytical data are in accordance with the data from the literature.^[150-151]

5.2.4.2 Synthesis of Si-rhodamine 58



The synthesis was conducted as described in the general procedure 5.2.4. Si-xanthone **48** (50 mg, 154 μ mol, 1.0 eq.) was treated with trifluoromethanesulfonic anhydride (170 μ L, 170 μ mol, 1 M in DCM, 1.1 eq.) in DCM (1 mL). Phenylboroxine **52b** (48.1 mg, 154 μ mol, 1.0 eq.) as boron source, bis(triphenylphosphine)palladium(II) dichloride (11 mg, 15.4 μ mol, 0.1 eq.) and sodium carbonate (49 mg, 462 μ mol, 3.0 eq.) were suspended in anhydrous acetonitrile (2 mL). Si-rhodamine **58** was obtained as a blue solid in 49%^a yield (52 mg, 123 μ mol, 80%^a brsm) after purification by column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 90:10).

^acorrected yield, under the consideration of the impurification with [PPh₄]⁺.

Using the same procedure 5.2.4 and tetrakis(triphenylphosphine)palladium(0) (17.7 mg, 15.4 μ mol, 0.1 eq) as a catalyst provided rhodamine **58** in 39%^a yield (53.2 mg, 126 μ mol, 82% brsm).

Using the same procedure 5.2.4 and [1,1'-bis(diphenylphosphino)ferrocene]dichloropalladium(II) (13.0 mg, 15.9 µmol, 0.1 eq) as a catalyst provided rhodamine**58**in 67% yield (47.3 mg, 112 µmol, 73% brsm) without impurification.

The analytical data are in accordance with the data from the literature.^[150-151]

5.2.4.3 Synthesis of Si-rhodamine 61c



The synthesis was conducted as described in the general procedure 5.2.4. Si-xanthone **48** (50 mg, 154 μ mol, 1.0 eq.) was treated with trifluoromethanesulfonic anhydride (170 μ L, 170 μ mol, 1 M in DCM, 1.1 eq.) in DCM (1 mL). Boroxine **61b** (73.0 mg, 154 μ mol, 1.0 eq.) as boron source, bis(triphenylphosphine)palladium(II) dichloride (11 mg, 15.9 μ mol, 0.1 eq.), sodium carbonate (49 mg, 462 μ mol, 3.0 eq.) were suspended in anhydrous acetonitrile (2 mL). Si-rhodamine **61c** was obtained as a blue solid in 5%^a yield (22.4 mg, 48.2 μ mol, 46%^a brsm) after purification via column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 80:20).

Using the same procedure 5.2.4 and [1,1'-bis(diphenylphosphino)ferrocene]dichloropalladium(II) (13.0 mg, 15.9 μ mol, 0.1 eq.) as a catalyst provided rhodamine **61c** in 31% yield (40.1 mg, 86.2 μ mol, 56% brsm) after purification by column chromatography (silica gel, chloroform/MeOH 99:1 to 80:20).

¹H-NMR (600 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=8.22 (d, *J*=7.2 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.88 (s, 1 H, H_{arom}), 7.70 (d, *J*=7.7 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.52 (d, *J*=7.5 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.38 (d, *J*=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.08 (d, *J*=9.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.79 (d, *J*=8.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 0.61 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (151 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=185.4, 168.9, 155.7, 149.6, 142.9, 140.9, 134.7, 132.2, 131.3, 130.9, 129.7, 128.8, 122.4, 115.1, 40.9, -1.1.

R^{*f*} value (DCM/MeOH 9:1)=0.53.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

C ₂₆ H ₂₉ N ₂ O ₂ Si ⁺	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	429.1993	429.1996

5.2.4.4 Synthesis of Si-rhodamine 62c



The synthesis was conducted as described in the general procedure 5.2.4. Si-xanthone **48** (50 mg, 154 µmol, 1.0 eq.) was treated with trifluoromethanesulfonic anhydride (170 µL, 170 µmol, 1 M in DCM, 1.1 eq.) in DCM (1 mL). Boroxine **62b** (94 mg, 154 µmol, 1 eq.) as boron source, bis(triphenylphosphine)palladium(II) dichloride (12 mg, 154 µmol, 0.1 eq.), and sodium carbonate (49 mg, 462 µmol, 3.0 eq.) were suspended in anhydrous acetonitrile (2 mL). Si-rhodamine **62c** was obtained as a blue solid in 43%^a yield (50 mg, 95.5 µmol, 62%^a brsm) after purification by column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 90:10). ^acorrected yield, under the consideration of the impurification with [PPh₃(Ph-COO^{tert}Bu)]⁺.

Using the same procedure 2.5 and [1,1'-bis(diphenylphosphino)ferrocene]dichloropalladium(II) (11.2 mg, 15.4 µmol, 0.1 eq.) as a catalyst provided rhodamine**62c**in 53% yield (53.0 mg, 102 µmol, 66% brsm).

¹H-NMR (600 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=7.51–7.50 (m, 2 H, H_{arom}), 7.36 (d, *J*=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.21 (s, 1 H, H_{arom}), 7.18– 7.15 (m, 3 H, H_{arom}), 6.78–6.75 (m, 2 H, H_{arom}), 3.34 (s, 12 H, N-CH₃), 0.94 (s, 9 H, C(CH₃)₃), 0.60 (s, 6 H, Si-CH₃). ¹³C-NMR (151 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=181.3, 162.3, 155.7, 152.0, 151.7, 143.3, 139.7, 136.5, 129.7, 129.3, 128.9, 128.2, 122.1, 114.8, 40.9, 36.7, 26.6, -1.1.

R^{*f*} value (DCM/MeOH 9:1)=0.37.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

C ₃₀ H ₃₇ N ₂ O ₂ Si ⁺	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	485.2619	485.2620

5.2.4.5 Synthesis of Si-rhodamine 67c



The synthesis was conducted as described in the general procedure 5.2.4. Si-xanthone **48** (30 mg, 92.5 μ mol, 1 eq.) was treated with trifluoromethanesulfonic anhydride (102 μ L, 102 μ mol, 1 M in DCM, 1.1 eq.) in DCM (2 mL). Thienylboroxine **67b** (31 mg, 92.5 μ mol, 1 eq.) as boron source, bis(triphenylphosphine)palladium(II) dichloride (6.5 mg, 9.25 μ mol, 0.1 eq.), and sodium carbonate (29.4 mg, 278 μ mol, 3 eq.) were added and suspended in anhydrous acetonitrile (2 mL). Si-rhodamine **67c** was obtained as a blue solid in 37%^a yield (20 mg, 51.6 μ mol, 56%^a brsm) after purification by column chromatography (silica gel, chloroform/MeOH 99:1 to 88:12).

^acorrected yield, under the consideration of the impurification with [PPh₃(3-thienyl)]⁺.

Using the same procedure 5.2.4 and [1,1'-bis(diphenylphosphino)ferrocene]dichloropalladium(II) (6.80 mg, 9.25 µmol, 0.1 eq.) as a catalyst afforded rhodamine**67c**in 91% yield (35.9 mg, 84.2 µmol). ¹H-NMR (400 MHz, CD₃OD, 400 K):

δ (ppm)=7.70 (dd, *J*=4.9 Hz, 3.0 Hz, 1 H, H_{arom}), 6.46 (dd, *J*=3.0 Hz, 1.3 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.34 (d, *J*=2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.30 (d, *J*=9.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.13 (dd, *J*=4.9 Hz, 1.3 Hz, 1 H, H_{arom}), 6.81 (dd, *J*=9.7 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 0.59 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (400 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=155.7, 149.6, 143.3, 131.8, 130.4, 129.8, 129.3, 129.0, 122.1, 116.4, 114.9, 40.9, -1.1.

*R*_f value (DCM/MeOH 9:1)=0.47.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

C ₂₃ H ₂₇ N ₂ SSi ⁺	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	391.1659	391.1664

5.2.5 The general synthesis of Si-rhodamines 58, 62c and 67c via lithiumhalogen exchange reactions^[153]

The following experimental procedures were carried out under modified conditions based on literature.^[150, 153] The phenyl lithium **71** (1.9 M in dibutyl ether, 1.2 eq.) or the aryl bromides **72** and 73 (7 eq.) were dissolved in anhydrous THF (2.0 mL) under an argon atmosphere. The solution was cooled down to -78 °C. Then tert-butyllithium (1.6 M in pentane, 14 eq.) was carefully added dropwise to the solution, containing the aryl bromide. CAUTION: solutions of tert-butyllithium react explosively with water and may ignite in moist air. Afterwards the red solution was stirred for 30 minutes (or five minutes for the reaction with the phenyl lithium) at -78 °C. Afterwards the Si-xanthone 48 (1 eq.) in anhydrous THF (2.5 mL) was added dropwise via a syringe to the reaction mixture at -78 °C. The color of the solution turned to a orange color. After addition, the cooling bath was removed and the orange solution was stirred for another four hours at room temperature. After complete conversion (monitored by normal phase TLC: DCM/MeOH 9:1) the solvents were removed under reduced pressure and a solution of hydrochloride acid (1 M) was added to the brown residue and the solution became dark blue. The blue solution was diluted with deionized water (50 mL) and thereafter the solution was extracted with DCM (3x150 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. Finally, the blue

crude products were purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 90:10) to afford the Si-rhodamines as dark blue solids.

5.2.5.1 Synthesis of Si-rhodamine 58



The Si-rhodamine **58** was synthesized by using phenyl lithium (**71**, 1.9 M in dibutyl ether, 341 μ L, 648 μ mol, 7.0 eq.) and Si-xanthone **48** (30 mg, 92.5 μ mol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.5. **58** was obtained as a dark blue solid after column chromatography (28 mg, 66.4 μ mol, 72%).

The analytical data are equivalent to the data obtained from procedure 5.2.4.2.

5.2.5.2 Synthesis of Si-rhodamine 67c



The Si-rhodamine **67c** was synthesized from 3-bromothiophene (88.0 mg, 540 μ mol, 7 eq.), *tert*-butyllithium (1.7 M in pentane, 635 μ L, 1.08 mmol, 14 eq.) and Si-xanthone **48** (25.0 mg, 77.1 μ mol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.5 to afford the Si-rhodamine **67c** as a dark blue solid after column chromatography (25.4 mg, 59.5 μ mol, 77%). The analytical data are equivalent to the data obtained from procedure 5.2.4.5.

5.2.5.3 Synthesis of Si-rhodamine 62c



The Si-rhodamine **62c** was synthesized from *tert*-butyl 3-benzoate (444 mg, 1.73 mmol, 7 eq.), *tert*-butyllithium (1.7 M in pentane, 2.03 mL, 3.46 mmol, 14 eq.) and Si-xanthone **48** (80.0 mg, 247 μ mol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.5 to afford the Si-rhodamine **62c** as a dark blue solid (6.00 mg, 11.5 μ mol, 7%).

The analytical data are equivalent to the data obtained from procedure 5.2.4.4.

5.2.6 Synthesis of 3,3'-(dimethylsilanediyl)bis(N,N-dimethylaniline) (28)^[150]



3-Bromo-*N*,*N*-dimethylaniline (**55**) (5.00 g, 25.0 mmol, 2.4 eq.) was dissolved in anhydrous THF (50 mL). The slightly yellow colored solution was cooled down to -78 °C. Afterwards *n*-BuLi (10.0 mL, 2.5 M in *n*-hexane, 25.0 mmol, 2.4 eq.) was added dropwise to the solution at -78 °C. A gradually formed colorless precipitation was observed. The beige solution was stirred for further 30 minutes at -78 °C. Then dimethyldichlorosilane (1.34 g, 10.4 mmol, 1.0 eq.) in anhydrous THF (5 mL) was added dropwise via a syringe into the solution at -78 °C. The yellow reaction mixture was slowly allowed to warm to room temperature and was stirred for 1.5 hours. After complete conversion (monitored by normal phase TLC: *n*-hexane/ethyl acetate 9:1) the solution was diluted with deionized water (100 mL) and ethyl acetate (300 mL). Afterwards the organic phase was separated and kept. The aqueous phase was extracted with ethyl acetate (3x100 mL) and then the combined organic phases were washed with a saturated solution of brine. Then the combined organic phases were dried over sodium sulfate and filtered off. The solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, *n*-hexane/ethyl acetate 95:5 to 90:10)

to afford 3,3'-(dimethylsilanediyl)bis(*N*,*N*-dimethylaniline) (**28**) (3.02 g, 10.1 mmol, 97%) as a colorless solid.

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=7.24 (td, *J*=8.4 Hz, 3.0 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.00–6.88 (m, 4 H, H_{arom}), 6.77 (d, *J*=7.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 2.92 (s, 12 H, N-CH₃), 0.52 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=150.0, 139.1, 128.6, 123.0, 118.6, 113.8, 40.9, -2.0.

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3035 (br, w), 2953 (br, m), 2879 (br, m), 2797 (br, m), 1585 (vs), 1563 (vs).

 R_f value (*n*-hexane/ethyl acetate: 95:5)=0.32.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{18}H_{26}N_2Si$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M+H] ⁺	299.1938	299.1937

The analytical data are in accordance with the data from the literature.^[150-151]

5.2.7 Synthesis of 3,3'-(dimethylsilanediyl)bis(4-bromo-*N*,*N*-dimethylaniline) (74)^[140]



3,3'-(dimethylsilanediyl)bis(*N*,*N*-dimethylaniline) (**28**) (2.97 g, 9.94 mmol, 1 eq.) was dissolved in anhydrous acetonitrile (60 mL) under an argon atmosphere. The colorless solution was cooled down to –78 °C. Then *N*-bromosuccinimide (3.54 g, 19.9 mmol, 2.0 eq.) was added to the colorless solution in portions. The brownish solution was stirred at room temperature for two hours. After complete conversion (monitored by normal phase TLC: *n*-hexane/ethyl acetate 9:1) the solvent was evaporated under reduced pressure. Afterwards the residue was redissolved in ethyl acetate (200 mL) and then deionized water (50 mL) was added. The organic phase was separated and the aqueous phase was extracted with ethyl acetate

(3x50 mL). The combined organic phases were washed with a saturated solution of brine and then the organic phase was dried over sodium sulfate and filtered off. The solvent was removed under reduced pressure. The solid crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, *n*-hexane/ethyl acetate 95:5 to 90:10) to afford 3,3'-(dimethylsilanediyl)bis(4-bromo-*N*,*N*-dimethylaniline) (**74**) (4.40 g, 9.64 mmol, 97%) as a purple solid.

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=7.36 (d, *J*=8.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.91–6.80 (m, 2 H, H_{arom}), 6.69–6.57 (m, 2 H, H_{arom}), 2.88 (s, 12 H, N-CH₃), 0.76 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=149.1, 138.9, 133.2, 122.1, 117.3, 115.6, 40.8, -0.8.

IR (ATR, neat): *u* [cm⁻¹]=3068 (w), 2974 (br, m), 2947 (br, m), 2888 (br, m), 2798 (br, m), 1578 (vs), 1550 (vs).

 R_f value (*n*-hexane/ethyl acetate: 9:1)=0.12.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

C ₁₈ H ₂₄ ⁷⁹ Br ⁸¹ BrN ₂ Si	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M+H] ⁺	457.0128	457.0128
[M+Na]⁺	478.9948	478.9947

The analytical data are in accordance with the data from the literature.^[150-151]

5.2.8 Synthesis of Si-rhodamine 58^[140]



The dibromide **74** (50 mg, 110 μ mol, 1 eq.) was dissolved in anhydrous THF (2.5 mL) under an argon atmosphere. The slightly pink solution was cooled down to -78 °C. Then *tert*-

butyllithium (1.6 M in pentane, 1.18 mL, 1.89 mmol, 8.2 eq.) was carefully added dropwise to the solution. *CAUTION: solutions* of *tert-butyllithium react explosively* with *water and may ignite in moist air*. Afterwards the red solution was stirred for 30 minutes at -78 °C. Then the benzoic acid methyl ester (**75**) (32.8 mg, 241 µmol, 2.2 eq.) in anhydrous THF (2.5 mL) was added dropwise via a syringe to the reaction mixture at -20 °C. The color of the solution turned to a red color. After five minutes, the cooling bath was removed and the red solution was stirred for further six hours at room temperature. Subsequently the solvents were removed under reduced pressure. To the orange residue was added acetonitrile+0.1% TFA (1 mL) and the solution became immediately dark blue. The blue solution was diluted with deionized water (50 mL). The dark solution was extracted with DCM (3x100 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. Then the blue crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 91:9) to afford the Si-rhodamine **58** (34.3 mg, 81.4 µmol, 74%) as a dark blue solid.

The analytical data is equivalent to the data obtained from procedure 5.2.4.2.

5.2.9 Synthesis of 3-bromo-4-methyl-N,N-bis(trimethylsilyl)aniline (72)^[200, 347]



3-bromo-4-methylaniline (**71**) (390 mg, 2.09 mmol, 1.0 eq.) was dissolved in a heat-dried round-bottom flask in anhydrous THF (80 mL) under an argon atmosphere. The colorless solution was cooled down to -78 °C and lithiumbis(trimethylsilyl)amide (LiHMDS) (1 M in THF, 4.40 mL, 4.39 mmol, 2.1 eq.) was added dropwise to the solution. After complete addition of the base the dark brown solution was stirred for 10 minutes at -78 °C. Afterwards the cooling bath was removed for five minutes to warrant complete deprotonation, before cooling down to -78 °C again. Then trimethylsilyl chloride (477 mg, 4.39 mmol, 2.1 eq.) was added dropwise via a syringe to the dark yellow solution. After complete addition the reaction mixture was allowed to warm up and was stirred for further four hours at room temperature under an argon atmosphere. The solvent was removed under reduced pressure and then the brown oil was redissolved in anhydrous *n*-hexane (50 mL). After filtration, the solvent was removed under reduced pressure and the next

reaction step. The ¹H- and ¹³C-NMR analysis of the oil indicated a mixture of mono-**72a** (151 mg, 585 μ mol, 28%), di-**72b** (387 mg, 1.17 mmol, 56%) and tri-**72c** (147 mg, 334 μ mol, 16%) TMS-substituted anilines **72a**/**72b**/**72c** in a ratio of 7:14:4 (analyzed by ¹H-NMR).



¹H-NMR (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=7.09 (d, *J*=2.2 Hz, 2 H), 7.05 (d, *J*=8.0 Hz, 2 H), 6.97 (d, *J*=8.0 Hz, 1 H), 6.86 (d, *J*=2.5 Hz, 1 H), 6.73 (dd, *J*=8.0 Hz, 2.2 Hz, 2 H), 6.52 (dd, *J*=8.2 Hz, 2.5 Hz, 1 H), 2.35 (s, 6 H), 2.27 (s, 3H), 0.27 (s, Si-CH₃, 9 H), 0.07 (s, Si-CH₃, 36 H).

¹³C-NMR (101 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=147.1, 146.6, 133.6, 132.9, 131.1, 130.4, 129.2, 126.3, 125.4, 124.2, 119.8, 115.3, 22.3, 21.8, 2.2.

5.2.10 Synthesis of Si-rhodamine 73^[200]



The mixture of TMS-protected anilines **72** (776 mg, 2.44 mmol, 7.3 eq.) were dissolved in anhydrous tetrahydrofuran (2 mL) in a heat-dried round-bottom flask under an argon atmosphere. The brown solution was cooled down to -78 °C and was stirred for 10 minutes at this temperature. At -78 °C *tert*-butyllithium (1.7 M in pentane, 2.80 mL, 4.76 mmol, 14.2 eq.) was added dropwise to the solution. *CAUTION: solutions* of *tert*-butyllithium *react explosively* with *water and may ignite in moist air*. The orange solution was stirred for 30 minutes at -78 °C. Subsequently the Si-xanthone **48** (100 mg, 336 µmol, 1.0 eq.) dissolved in anhydrous tetrahydrofuran (10 mL) was added via a syringe to the reaction mixture at -78 °C. The color of the solution turned to a bright orange. After full addition the reaction mixture was allowed to warm up to room temperature and then the solution was stirred overnight. After full conversion (monitored by normal phase TLC: DCM/MeOH 9:1) the solution was treated
with hydrochloric acid (1 M, 5 mL). The color of the solution changed from orange over a green to a dark blue finally within minutes. The solution was diluted with DCM (100 mL) and the organic phase was separated. The aqueous phase was extracted with DCM (5x50 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 88:12). The concentrated and combined fractions from the column were filtrated over cotton wool and Si-rhodamine **73** (124 mg, 276 µmol, 82%) was afforded as a gleaming dark blue solid.

¹**H-NMR** (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=7.34 (d, *J*=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.25 (d, *J*=9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.10 (d, *J*=8.2 Hz, 1 H, H_{arom}), 6.83–6.77 (m, 3 H, H_{arom}), 6.51 (d, *J*=2.4 Hz, 1 H, H_{arom}), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 1.87 (s, 3 H, CH₃), 0.60 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.59 (s, 3 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=172.1, 155.8, 149.5, 146.7, 142.7, 140.5, 131.9, 128.5, 125.6, 121.9, 117.0, 117.0, 115.0, 40.9, 18.4, -1.1, -1.3.

IR (KBr):

v [cm⁻¹]=3430 (br), 2937 (br), 2861 (br), 2810 (br), 1734 (w), 1606 (s), 1578 (w).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	$oldsymbol{\Phi}_{ extsf{F}}$
MeOH	653 nm	-	91 900 M ⁻¹ cm ⁻¹	<0.01
PBS (<i>pH</i> =7.4)	651 nm	-	77 300 M ⁻¹ cm ⁻¹	<0.01

R^{*f*} value (DCM/MeOH 9:1)=0.22.

Retention time (system 3, HPLC 10–100)=4.00 min.

Melting point: T=74 °C.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{26}H_{32}N_3Si^{\scriptscriptstyle +}$	$C_{26}H_{32}N_3Si^+$ calculated <i>m/z</i>	
[M] ⁺	414.2360	414.2358

The ¹H-NMR data are in accordance with the data from the literature.^[131]

5.2.11 Synthesis of Si-rhodamine 74^[200, 347, 349]

The amine-functionalized Si-rhodamine 73 (114 mg, 253 µmol, 1.0 eq.) was dissolved in a 3:1 ratio of acetic acid (3 mL) and deionized water (1 mL). The dark blue solution was cooled down to 0 °C and sodium nitrite (26.2 mg, 380 µmol, 1.5 eq.) dissolved in deionized water (500 µL) was added in one portion. A color change from dark blue to slightly green-blue was observed. After 20 minutes sodium azide (32.8 mg, 506 µmol, 2.0 eq.) dissolved in deionized water (500 µL) was added at 0 °C. The color of the reaction mixture changed to dark blue again. The reaction mixture was stirred for two hours at 0 °C. Afterwards the solvents were carefully removed under reduced pressure. The reaction mixture was diluted with deionized water and DCM. CAUTION: working with azides should always be done cautiously. In the case of reactions with azide sources in DCM, formation of explosive diazidomethane has been reported. However, we never observed any cases with this low scales. Subsequently the organic phase was separated. The aqueous phase was extracted with DCM (3x100 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 90:10) to afford Si-rhodamine 74 (106 mg, 223 mmol, 88%) as a dark blue solid.

¹H-NMR (600 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=7.44 (d, *J*=8.3 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.37 (d, *J*=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.20 (dd, *J*=8.3 Hz, 2.3 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.09 (d, *J*=9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.84 (d, *J*=2.3 Hz, 1 H, H_{arom}), 6.80 (dd, *J*=9.6 Hz, 2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.36 (s, 12 H, N-CH₃), 2.01 (s, 3 H, CH₃), 0.62 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.60 (s, 3 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=168.9, 155.8, 149.5, 142.1, 141.7, 139.5, 134.0, 132.9, 128.2, 122.3, 120.7, 120.5, 115.4, 41.0, 18.8, -1.1, -1.3.

IR (KBr):

ν [cm⁻¹]=3430 (br), 2979 (w), 2883 (w), 2383 (w), 2358 (w), 2342 (w), 2325 (w), 2300 (w), 2108 (w), 1608 (w), 1568 (w), 1492 (w).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\pmb \phi}_{\sf F}$
MeOH	651 nm	670 nm	156 500 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.18
H ₂ O/EtOH (5%)	651 nm	670 nm	123 700 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.10
PBS (<i>pH</i> =7.4)	651 nm	671 nm	99 000 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.12

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.45.

Retention time (system 3, HPLC 10–100)=6.03 min.

Melting point: decomposition >189 °C.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{26}H_{30}N_5Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>	
[M]+	440.2265	440.2271	

5.2.12 Synthesis of Si-rhodamine 76^[200, 347]



The azide-functionalized Si-rhodamine **74** (100 mg, 210 μ mol, 1.0 eq.) was dissolved in anhydrous methanol (5 mL) under an argon atmosphere. The solids Fmoc-*L*-propargylglycine **75** (141 mg, 420 μ mol, 2.0 eq.), tetrakis(acetonitrile)copper(I) hexafluorophosphate (7.80 mg, 21.0 μ mol, 0.1 eq.) and tris(benzyltriazolylmethyl)amine (11.1 mg, 21.0 μ mol, 0.1 eq.) were added then to the blue solution under an argon atmosphere. The reaction mixture was stirred for two days at room temperature. Afterwards the solvent was removed under reduced

pressure. Then the residue was dissolved in DCM (100 mL) and deionized water (20 mL) was added. The organic phase was separated in a separation funnel. The aqueous phase was extracted with DCM (3x70 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 96:4 to 80:20). The concentrated and combined fractions from the column were filtrated over cotton wool and the 1,2,3-triazole-functionalized Si-rhodamine (142 mg, 183 µmol, 87%) was obtained as a dark blue solid. Afterwards the Si-rhodamine was dissolved under argon atmosphere in anhydrous dimethylformamide (2 mL) to cleave the Fmoc protection group. Piperidine (2 mL) was added and the reaction was stirred for further two hours at room temperature under an inert atmosphere. Then the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified with HPLC (10–95% MeCN/H₂O, linear gradient in 32 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, *system* 1) to afford Si-rhodamine **76** (84.1 mg, 126 µmol, 60%) as blue solid.

¹**H-NMR** (500 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=8.49 (s, 1 H, H_{arom}), 7.98 (dd, *J*=8.4 Hz, 2.3 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.69 (d, *J*=2.3 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.64 (d, *J*=8.4 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.39 (d, *J*=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.13 (d, *J*=9.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.80 (dd, *J*=9.7 Hz, 2.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 4.41 (dd, *J*=7.3 Hz, 5.0 Hz, 1 H, C_αH), 3.50 (dd, *J*=15.8 Hz, 5.0 Hz, 1 H, CH), 3.41 (dd, *J*=15.8 Hz, 7.3 Hz, 1 H, CH), 3.36 (s, 12 H, N-CH₃), 2.13 (s, 3 H, CH₃), 0.63 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.62 (s, 3 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (151 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=170.7, 167.9, 155.8, 149.6, 142.0, 141.7, 138.4, 136.4, 133.0, 128.2, 123.2, 123.0, 122.5, 121.9, 121.7, 115.5, 53.6, 41.0, 27.2, 19.1, -1.2, -1.3.

IR (KBr):

v [cm⁻¹]=3426 (br), 2975 (w), 2886 (w), 1682 (w), 1609 (w), 1579 (s), 1497 (w).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	$oldsymbol{\Phi}_{ extsf{F}}$
MeOH	655 nm	672 nm	79 900 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.13
H ₂ O/EtOH (5%)	653 nm	671 nm	73 890 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.10
PBS (<i>pH</i> =7.4)	655 nm	672 nm	79 900 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.13

Retention time (system 3, HPLC 10–100)=4.27 min.

Melting point: T=127 °C; decomposition >240 °C.

$C_{31}H_{37}N_6O_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	553.2742	553.2752
[M-CH ₃] ⁺	539.2585	539.2596

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

5.2.13 Synthesis of the rhenium-complexed Si-rhodamine 77^[222, 347]



Si-rhodamine **76** (15 mg, 25.5 µmol, 1.0 eq.) was dissolved in anhydrous methanol (2 mL) under an argon atmosphere. Subsequently *N*,*N*-diisopropylethylamine (10 µL, 58.8 µmol, 2.3 eq.) was added to the blue solution. After 15 minutes rhenium(I) pentacarbonyl chloride (10.1 mg, 28.1 µmol, 1.1 eq.) was added in one portion. The dark blue solution was warmed up to 60 °C and the reaction was stirred for further 20 hours under an argon atmosphere. After complete conversion (monitored by HPLC, *system* 3, HPLC 10–100) the solutions were completely evaporated under reduced pressure. The crude product was purified with HPLC (10–95% MeCN/H₂O, linear gradient in 32 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, *system* 1) to afford the Re-complex **77** (19.0 mg, 20.3 µmol, 80%) as a blue solid.

¹**H-NMR** (500 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=8.63 (s, 1 H, H_{arom}), 8.03 (dd, *J*=8.4 Hz, 2.2 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.71–7.69 (m, 2 H, H_{arom}), 7.39 (d, *J*=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.12 (dd, *J*=9.7 Hz, 3.3 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.81 (dt, *J*=9.6 Hz, 3.1 Hz, 2 H, H_{arom}), 5.97 (dd, *J*=10.8 Hz, 5,5 Hz, 1 H, NH), 5.27 (d, *J*=11.3 Hz, 1 H, NH), 4.14 (q, *J*=3.7 Hz, 1 H, C_αH), 3.52–3.40 (m, 2 H, CH₂), 3.36 (s, 12 H, N-CH₃), 2.15 (s, 3 H, CH₃), 0.63 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.62 (s, 3 H, Si-CH₃). ¹³C-NMR (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=167.3, 155.9, 149.5, 144.9, 142.0, 141.9, 139.8, 135.4, 133.3, 128.1, 125.0, 122.6, 122.2, 122.1, 115.6, 115.5, 52.9, 41.0, 27.5, 19.1, -1.1, -1.3.

IR (KBr):

ν [cm⁻¹]=3431 (br), 2976 (w), 2885 (w), 2022 (CO; vs), 1889 (CO; vs), 1681 (w), 1638 (w), 1608 (CO; vs), 1579 (w).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\pmb \phi}_{\sf F}$
MeOH	654 nm	672 nm	63 900 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.14
H ₂ O/EtOH (5%)	654 nm	674 nm	22 100 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.10
PBS (<i>pH</i> =7.4)	654 nm	669 nm	39 100 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.09

Retention time (system 3, HPLC 10–100)=5.11–5.28 min.

Melting point: T=decomposition >270 °C.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{34}H_{36}N_6O_5ReSi^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	823.2068	823.2085
[M-CH ₃] ⁺	809.1931	809.1912

5.2.14 Synthesis of Si-rhodamine 91^[153, 197]



A commercially available solution of phenyl lithium 71 (1.9 M in dibutyl ether, 165 µL, 314 µmol, 1.2 eq.) was added in anhydrous THF (5.0 mL) to a round-bottom flask under an argon atmosphere. The yellow solution was quickly cooled down to -78 °C and then the solution was held for further five minutes at -78 °C. Afterwards Si-xanthone 88 (100 mg, 261 µmol, 1 eq.) in anhydrous THF (10.0 mL) was added dropwise via a syringe to the yellow solution at -78 °C. A color change to a dark red color was observed. The cooling bath was removed and the reaction mixture was allowed to warm up to room temperature. The reaction mixture was stirred for two hours at room temperature. After complete conversion of Si-xanthone 88 (monitored by normal phase TLC: DCM/MeOH 9:1) the reaction mixture was quenched with deionized water (50 mL). Afterwards a solution of hydrochloric acid (1 M; 2 mL) was added to the red solution and the reaction mixture became dark blue. The aqueous solution was added into a separation funnel and DCM (200 mL) was added. The organic phase was separated and the aqueous phase was extracted with DCM (4x100 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. Subsequently the combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. Then the blue crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 90:10) to afford the Si-rhodamine 91 as a dark blue solid (104 mg, 217 µmol, 83%).

¹H-NMR (400 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=7.61–7.55 (m, 3 H, H_{arom}), 7.33 (d, J=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.32–7.20 (m, 2 H, H_{arom}),
7.18 (d, J=9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.82 (dd, J=9.7 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.62 (s, 3 H, O-CH₃),
3.36 (s, 12 H, N-CH₃), 0.99 (s, 9 H, Si-C(CH₃)₃).

¹³C-NMR (101 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=171.0, 155.2, 144.2, 143.6, 140.1, 131.1, 130.7, 130.0, 129.6, 129.5, 129.3, 122.7, 115.3, 52.9, 41.0, 25.1, 19.2.

IR (ATR, neat): *u* [cm⁻¹]=3375 (br, m), 2926 (br, m), 2853 (br, m), 1569 (vs).

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.38.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

C ₂₈ H ₃₅ N ₂ OSi ⁺	calculated m/z	found <i>m/z</i>	
[M] ⁺	443.2514	443.2517	
[M-CH ₃]⁺	429.2357	429.2361	

5.2.15 Synthesis of Si-rhodamine 91 via Suzuki-Miyaura cross coupling^[198]



Si-xanthone 88 (50 mg, 131 µmol, 1.0 eq.) was dissolved in a heat-dried flask in anhydrous DCM (2 mL) under an argon atmosphere. Then trifluoromethanesulfonic anhydride (1 M in DCM, 144 µL, 144 µmol, 1.1 eq.) was added to the solution under vigorous stirring. Immediately an intense color change from yellow to dark blue was observed. Then the reaction mixture was stirred for 20 minutes at room temperature. After 20 minutes the DCM was removed under reduced pressure. Then the solids boroxine **52b** (44.9 mg,144 µmol, 1.1 eg.), Pd(dppf)Cl₂ (10.7 mg, 13.1 µmol, 0.1 eq.) and sodium carbonate (41.6 mg, 392 µmol, 3.0 eq.) were added to the blue residue. Afterwards the solids were dissolved in anhydrous acetonitrile (2 mL). The dark blue solution was warmed up to 70 °C and was stirred for 22 hours. After the reaction time the solution was allowed to cool to room temperature. The solvent was completely removed under reduced pressure and was dissolved in DCM. Then the blue solution was filtrated over a short pad of Celite[®]. Deionized water (40 mL) was added to the filtrate and the solution was transferred into a separation funnel. The organic phase was separated. The aqueous phase was extracted with DCM (3x100 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 90:10). The concentrated and combined fractions from the column were filtrated over cotton wool and Si-rhodamine 91 (35 mg, 79.1 µmol, 60%) was afforded as a dark blue solid.

The analytical data of **91** are in agreement with the previous data.

5.2.16 Synthesis of Si-rhodamine 92



Si-rhodamine **91** (5 mg, 11.3 µmol, 1 eq.) was added to a Falcon[®] tube and was dissolved in anhydrous acetonitrile (1 mL) under an argon atmosphere. Then a solution of fluorosilicic acid (20–25% in water, 50 µL) was added to the blue solution. Under room temperature the dark blue solution was stirred for two hours. After complete conversion (monitored by ESI-MS: positive modus) the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was dissolved in a mixture of deionized water and acetonitrile (1:1; 2 mL). After filtration over a syringe filter, the solution was directly injected into the HPLC for purification (10–90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, *system* 2). After HPLC purification Si-rhodamine **92** was obtained as a dark blue solid (5.27 mg, 9.72 µmol, 86%).

¹**H-NMR** (400 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=7.61–7.53 (m, 3 H, H_{arom}), 7.40 (d, *J*=2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.31–7.17 (m, 2 H, H_{arom}), 7.15 (d, *J*=9.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.79 (dd, *J*=9.7 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 0.97 (s, 9 H, Si-C(CH₃)₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CD₃OD, 300 K):

δ (ppm)=171.0, 155.1, 148.5, 147.3, 143.3, 140.3, 131.9, 130.9, 130.4, 129.9, 122.6, 114.9, 40.9, 25.2, 19.6.

IR (ATR, neat): *u* [cm⁻¹]=2928 (br, m), 2856 (br, m), 1682 (s), 1573 (vs).

R^{*f*} value (DCM/MeOH 9:1)=0.35.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH: before HPLC purification: 86

$C_{27}H_{32}FN_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	431.2313	431.2315

HR-ESI-MS	in D	CM/MeOH:	after H	HPLC	purificat	tion: 92

C₂7H₃₃N₂OSi⁺	calculated <i>m/z</i>	found <i>m/z</i>	
[M] ⁺	429.2357	429.2361	

5.2.17 General procedure: the synthesis of protected boronates^[292, 348]

. . .

The brominated boronic acid (2.00 g, 9.96 mmol, 1.0 eq.) was placed in a flame dried roundbottom flask under an argon atmosphere. Anhydrous toluene (50 mL) was added to the colorless powder. The suspension was heated to 60 °C. Afterwards *N*-butyldiethanolamine (1.77 g, 11.0 mmol, 1.1 eq.) was added via a syringe to the suspension. After the solid went into solution the reaction mixture was stirred at 60 °C for further two hours. Then the solution was allowed to cool down to room temperature and afterwards the toluene was removed under reduced pressure. Subsequently the remaining solid was washed with *n*-hexane (50 mL) and diethyl ether (50 mL). After washing, the colorless powder was dried under high vacuum overnight.

5.2.17.1 Synthesis of 2-(4'-Bromophenyl)-6-butyl[1,3,6,2]dioxazaborocan (99a)



2-(4'-Bromophenyl)-6-butyl[1,3,6,2]dioxazaborocan (**99a**) was synthesized from 4-bromophenyl boronic acid (**97a**) according to the general procedure 5.2.17. **99a** was obtained as colorless powder (2.89 g, 8.86 mmol, 89%).

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

 δ (ppm)=7.48 (d, *J*=8.3 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.40 (d, *J*=8.3 Hz, 2 H, H_{arom}), 4.21–4.04 (m, 4 H, CH₂), 3.12–2.97 (m, 4 H, CH₂), 2.32–2.22 (m, 2 H, CH₂), 1.54–1.46 (m, 2 H, CH₂), 1.14 (h, *J*=7.3 Hz, 2 H, CH₂), 0.83 (t, *J*=7.3 Hz, 3 H, CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, CDCl₃, 300 K):
δ (ppm)=135.3, 130.5, 122.3, 64.1, 59.2, 56.7, 28.0, 20.3, 14.5.
Note: the C_{aron}-B signal was not observed.

¹¹**B-NMR** (128 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=12.4.

IR (ATR, neat): *u* [cm⁻¹]=3207 (br), 3036 (vw), 2961 (s), 2929 (s), 2875 (s), 1576 (s).

Melting point: T=106 °C.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{14}H_{21}B^{79}Br^{81}BrN_2O_2$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[2M+Na]⁺	675.1570	675.1569

The chemical shifts of the ¹H-NMR and ¹³C-NMR are in accordance with the literature.^[292]

5.2.17.2 Synthesis of 2-(3'-Bromophenyl)-6-butyl[1,3,6,2]dioxazaborocan (99b)



2-(3'-Bromophenyl)-6-butyl[1,3,6,2]dioxazaborocan (**99b**) was synthesized from 3-bromophenyl boronic acid (**97b**) according to the general procedure 5.2.17. **99b** was obtained as colorless powder (2.79 g, 8.57 mmol, 86%).

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=7.80 (dd, *J*=7.4 Hz, 2.0 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.49 (d, *J*=7.9 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.23 (dd, *J*=14.7 Hz, 7.3 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.09 (td, *J*=7.5 Hz, 1.9 Hz, 1 H, H_{arom}), 4.26–4.11 (m, 4 H, CH₂), 3.31 (dd, 4 H, *J*=17.1 Hz, 10.3 Hz, 1 H, CH₂), 2.74–2.51 (m, 2 H, CH₂), 1.60–1.51 (m, 2 H, CH₂), 1.18 (h, *J*=7.4 Hz, 2 H, CH₂), 0.85 (t, *J*=7.3 Hz, 3 H, CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=135.8, 132.4, 130.7, 129.3, 122.6, 63.2, 60.0, 55.7, 24.7, 20.3, 13.9. *Note: the C_{arom}–B signal was not observed.*

¹¹**B-NMR** (128 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=12.4.

IR (ATR, neat): *u* [cm⁻¹]=3047 (br), 2957 (s), 2928 (s), 2903 (s), 2873 (s), 2841 (s), 2698 (w), 1581 (vs), 1533 (vs).

Melting point: T=116-117 °C.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{14}H_{21}B^{79}Br^{81}BrN_2O_2$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[2M+Na]⁺	675.1570	675.1566

The chemical shifts of the ¹H-NMR and the melting point are in accordance with the literature.^[292]

5.2.17.3 Synthesis of 2-(2'-Bromophenyl)-6-butyl[1,3,6,2]dioxazaborocan (99c)



2-(2'-Bromophenyl)-6-butyl[1,3,6,2]dioxazaborocan (**99c**) was synthesized from 2-bromophenyl boronic acid (**97c**) according to the general procedure 5.2.17. **99c** was obtained as colorless powder (2.96 g, 9.06 mmol, 91%).

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=7.74 (s, 1 H, H_{arom}), 7.52 (d, *J*=7.3 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.37 (d, *J*=8.7Hz, 1 H, H_{arom}), 7.15 (t, *J*=7.6 Hz, 1 H, H_{arom}), 4.20–4.09 (m, 4 H, CH₂), 3.11–2.97 (m, 4 H), 2.32–2.28 (m, 2 H, CH₂), 1.60–1.51 (m, 2 H, CH₂), 1.18 (h, *J*=7.4 Hz, 2 H, CH₂), 0.85 (t, *J*=7.3 Hz, 3 H, CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, CDCl₃, 300 K):
 δ (ppm)=137.0, 134.2, 130.7, 129.5, 126.4, 65.0, 58.4, 26.1, 18.9, 14.7.
 Note: the C_{aron}-B signal was not observed.

¹¹**B-NMR** (128 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=12.5.

IR (ATR, neat): *u* [cm⁻¹]=3054 (w), 2957 (s), 2932 (s), 2888 (s), 1547 (w).

Melting point: T=94 °C.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{14}H_{21}B^{79}Br^{81}BrN_2O_2$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[2M+Na]⁺	675.1570	675.1568

The chemical shifts of the ¹H-NMR and the melting point are in accordance with the literature.^[292]

5.2.18 General procedure: syntheses of boronic acid functionalized siliconrhodamines^[153, 348]

The brominated phenyl boronates **99a–99c** (300 mg, 920 µmol, 4.0 eq.) were dissolved in a flame-dried round-bottom flask in anhydrous tetrahydrofuran (9.20 mL) under an argon atmosphere. The brown solution was cooled down to -78 °C and was stirred for 10 minutes. At -78 °C *tert*-butyllithium (1.6 M in pentane, 1.18 mL, 1.89 mmol, 8.2 eq.) was added dropwise to the solution. *CAUTION: solutions* of *tert-butyllithium react explosively* with *water and may ignite in moist air*. Then the orange solution was stirred for 30 minutes at -78 °C. Afterwards the Si-xanthone **48** (74.6 mg, 230 µmol, 1.0 eq.) in anhydrous THF (8 mL) was added via a syringe to the reaction mixture at -78 °C. The color of the solution gradually changed to a bright orange. After complete addition of the Si-xanthone **48**, the cooling bath was immediately removed and the orange solution was stirred for at least four hours which led to almost complete conversion of **48** (monitored by normal phase TLC: DCM/MeOH 9:1). However complete consumption of **48** was not observed during the performed reactions (based on TLC).

A solution of hydrochloric acid (3 M, 5.00 mL) and deionized water (50 mL) were added to the orange solution and the solution turned gradually dark blue. The blue solution was stirred for another 30 minutes. The blue solution was extracted with DCM (3x250 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. Subsequently the crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 80:20 with constant 2% v/v acetic acid additive) to afford the Si-rhodamines as a dark blue solid. The concentrated and combined fractions from the column were filtrated over cotton wool. To increase the purity and to verify the counter ion as a trifluoroacetate ion (presence of trifluoroacetate was proven by ¹⁹F-NMR measurements), the product was purified by reverse-phase HPLC (10–90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, *system* 2) to afford the corresponding Si-rhodamines.

5.2.18.1 Synthesis of Si-rhodamine 100a



The Si-rhodamine **100a** was synthesized from 2-(4'-Bromophenyl)-6butyl[1,3,6,2]dioxazaborocan (**99a**, 300 mg, 920 µmol, 4.0 eq.) and Si-xanthone **48** (74.6 mg, 230 µmol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.18. **100a** was obtained as dark blue solid (84.8 mg, 156 µmol, 68%) after HPLC purification.

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=7.91 (s, 1 H, H_{arom}), 7.83 (s, 1 H, H_{arom}), 7.35 (d, *J*=2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.26 (s, 2 H, H_{arom}), 7.14 (d, *J*=9.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.76 (d, *J*=8.3 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.34 (s, 12 H, N-CH₃), 0.60 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=163.1, 155.7, 152.1, 149.6, 143.2, 134.5, 129.6, 128.8, 122.1, 114.9, 40.9, -1.1. Note: the C_{arom}–B signal was not observed.

¹¹**B-NMR** (192 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=28.5.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K): δ (ppm)=-77.4 (CF₃COO⁻).

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3227 (br), 2933 (br), 1673 (s), 1603 (s), 1573 (vs).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\pmb \Phi}_{\sf F}$
DMSO	659 nm	677 nm	67 800 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.15
PBS (<i>pH</i> =7.4)	646 nm	672 nm	61 700 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.10

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.08.

Retention time (system 7, HPLC 45–95)=6.63 min.

HR-ESI-MS in acetonitrile/water (+0.1% formic acid):

$C_{25}H_{30}BN_2O_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	429.2165	429.2175

5.2.18.2 Synthesis of Si-rhodamine 100b



The Si-rhodamine **100b** was synthesized from 2-(3'-Bromophenyl)-6butyl[1,3,6,2]dioxazaborocan (**99b**, 300 mg, 920 µmol, 4.0 eq.) and Si-xanthone **48** (74.6 mg, 230 µmol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.18. **100b** was obtained as dark blue solid (61.1 mg, 113 µmol, 49%) after HPLC purification.

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

 δ (ppm)=7.87 (s, 1 H, H_{arom}), 7.61–7.43 (m, 2 H, H_{arom}), 7.41–7.26 (m, 3 H, H_{arom}), 7.15 (d, *J*=9.5 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.76 (d, *J*=9.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.34 (s, 12 H, N-CH₃), 0.58 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (151 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):
δ (ppm)=171.5, 155.7, 149.6, 143.3, 139.9, 135.2, 134.8, 131.5, 129.0, 128.5, 122.1, 114.9, 40.8, -2.6.
Note: the C_{arom}-B signal was not observed.

¹¹**B-NMR** (192 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K): δ (ppm)=28.1.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K): δ (ppm)=-76.7 (CF₃COO⁻).

IR (ATR, neat): *u* [cm⁻¹]=3226 (br), 2932 (br), 1674 (s), 1573 (vs).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	$oldsymbol{arPhi}_{ extsf{F}}$
DMSO	659 nm	678 nm	106 600 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.09
PBS (<i>pH</i> =7.4)	647 nm	661 nm	61 700 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.18

R^{*f*} value (DCM/MeOH 9:1)=0.12.

Retention time (system 7, HPLC 45–95)=7.24 min.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{25}H_{30}BN_2O_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M]+	429.2165	429.2164
[M+OMe] ⁺	443.2321	443.2321
[M+2OMe] ⁺	457.2477	457.2477

5.2.18.3 Synthesis of Si-rhodamine 100c



The Si-rhodamine **100c** was synthesized from 2-(2'-Bromophenyl)-6butyl[1,3,6,2]dioxazaborocan (**99c**, 300 mg, 920 µmol, 4.0 eq.) and Si-xanthone **48** (74.6 mg, 230 µmol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.18. **100c** was obtained as dark blue solid (73.6 mg, 136 µmol, 59%) after HPLC purification.

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=7.72–7.61 (m, 1 H, H_{arom}), 7.59–7.53 (m, 2 H, H_{arom}), 7.33 (d, *J*=2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.29–7.22 (m, 1 H, H_{arom}), 7.20–7.05 (m, 2 H, H_{arom}), 6.88–6.62 (m, 2 H, H_{arom}), 3.33 (s, 12 H, N-CH₃), 0.64 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.54 (s, 3 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=171.8, 155.5, 149.4, 144.3, 143.6, 143.3, 134.5, 133.3, 132.1, 130.7, 130.3, 129.8, 129.5, 129.4, 128.8, 122.6, 121.5, 119.1, 115.3, 40.8, -0.2, -2.1. Note: the C_{arom}–B signal was not observed.

¹¹**B-NMR** (192 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K): δ (ppm)=26.5.

¹⁹**F-NMR** (564 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K): δ (ppm)=-77.1 (CF₃COO⁻).

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3076 (br), 2929 (br), 1673 (s), 1572 (vs).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	$oldsymbol{\Phi}_{ extsf{F}}$
HCI (0.1 M)	644 nm	667 nm	17 500 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.20

R^{*f*} value (DCM/MeOH 96:4)=0.47.

Retention time (system 7, HPLC 45–95)=3.36 min.

HR-ESI-MS in acetonitrile/water (+0.1% formic acid):

$C_{25}H_{30}BN_2O_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	429.2165	429.2173

5.2.19 The synthesis of a boronic acid pinacol ester functionalized Si-rhodamine 96^[350]



Under ambient conditions Si-rhodamine **100a** (5 mg, 9.22 μ mol, 1 eq.) was dissolved in anhydrous acetonitrile (200 μ L) and the commercially available pinacol (1.14 mg, 9.68 μ mol, 1.05 eq.) in acetonitrile (100 μ L) was added to the blue solution. The reaction mixture was stirred for six hours at 60 °C. After complete consumption of the starting material (monitored by normal phase TLC: DCM/MeOH 9:1 and ESI-MS in positive mode) the solvent was removed under reduced pressure. The dark blue residue was dissolved in DCM (5 mL) and was transferred into a separation funnel. Then DCM (50 mL) and deionized water (50 mL) were added. Subsequently the dark solution was extracted with DCM (3x20 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under

reduced pressure. After purification by microscale flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 92:8) using a Pasteur pipette, the pinacol ester **96** was obtained as a dark blue solid (5.64 mg, 9.04 µmol, 98%). *Note: HPLC purification with solvents containing TFA or formic acid was avoided due to the instability of* **96** *in acidic media caused by protodeborylation. There was no* ¹⁹*F*-NMR *signal observed for the corresponding trifluoroacetate counter ion which indicates the presence of the chloride counter ion.*^[298]

¹H-NMR (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=7.94 (d, *J*=6.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.26–7.17 (m, 4 H, H_{arom}), 7.09 (d, *J*=11.0 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.58 (dd, *J*=9.6 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.39 (s, 12 H, N-CH₃), 1.39 (s, 12 H, CH₃), 0.61 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=169.6, 154.2, 148.7, 142.5, 141.9, 134.5, 128.6, 128.0, 121.2, 113.8, 84.4, 41.3, 25.1, -0.5.

Note: the Carom-B signal was not observed.

¹¹**B-NMR** (128 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=31.7.

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3226 (br), 2925 (br), 1605 (s), 1574 (vs), 1512 (s).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\pmb \phi}_{ extsf{F}}$
DMSO	660 nm	677 nm	57 900 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.16
PBS (<i>pH</i> =7.4)	643 nm	660 nm	47 600 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.14

R^{*f*} value (DCM/MeOH 9:1)=0.52.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{31}H_{40}BN_2O_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	511.2947	511.2945

5.2.20 General procedure: syntheses of the fluorinated silicon-rhodamines^[153, 348]

The brominated aromatic compounds **102a–102c** (100 mg, 571 µmol, 2.0 eq.) were dissolved in a heat-dried round-bottom flask in anhydrous THF (5.70 mL) under an argon atmosphere. The brown solution was cooled down to -78 °C and was stirred for 10 minutes at -78 °C. Then at -78 °C tert-butyllithium (1.6 M in pentane, 714 µL, 1.14 mmol, 4.0 eq.) was carefully added dropwise to the solution. CAUTION: solutions of tert-butyllithium react explosively with water and may ignite in moist air. Afterwards the orange solution was stirred for further 30 minutes at -78 °C. Then the Si-xanthone 48 (92.6 mg, 286 µmol, 1.0 eq.) in anhydrous tetrahydrofuran (10 mL) was added via a syringe to the reaction mixture at -78 °C within one minute. During the addition of **48** a color change to bright red was observed. After complete addition of **48**, the cooling bath was removed and the reaction mixture was allowed to warm up to room temperature. The reddish solution was stirred for further two hours at room temperature. Monitored by normal phase TLC (DCM/MeOH 9:1) complete conversion of 48 was not observed (even at longer reaction times up to 18 hours). Thereafter hydrochloric acid (1 M, 2.00 mL) and deionized water (50 mL) were added to the orange solution and the solution turned gradually dark blue. The blue solution was extracted with DCM (3x100 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. Then the blue crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 92:8) to afford the Si-rhodamines as a dark blue solid. The possibility to reisolate 48 was given with isocratic elution on column (DCM/MeOH 99:1). To increase the purity and to verify the counter ion as a trifluoroacetate ion (presence of trifluoroacetate was proven by ¹⁹F-NMR measurements), the product was purified by reversephase HPLC (30–90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, system 2) to obtain the corresponding Si-rhodamines. The reported yields are based on reisolated starting material of Si-xanthone 48 (brsm).

5.2.20.1 Synthesis of Si-rhodamine 103a



The Si-rhodamine **103a** was synthesized from commercially available 4-bromofluorobenzene (**102a**, 100 mg, 571 µmol, 2.0 eq.) and Si-xanthone **48** (92.6 mg, 286 µmol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.20. **103a** was afforded as a dark blue solid (123 mg, 237 µmol, 42%, 83% brsm) after HPLC purification.

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=7.40–7.36 (m, 2 H, H_{arom}), 7.34–7.27 (m, 4 H, H_{arom}), 7.15 (d, *J*=9.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.80 (dd, *J*=9.7 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 0.61 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=169.6, 164.2 (d, ¹*J*_{C-*F*}=247.5 Hz), 155.6, 149.6, 143.0, 136.6 (d, ⁴*J*_{C-*F*}=3.7 Hz), 132.6, (d, ³*J*_{C-*F*}=8.3 Hz), 129.0, 122.3, 116.3 (d, ²*J*_{C-*F*}=22 Hz), 115.0, 40.9, -1.1.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=-78.0 (CF₃COO⁻), -115.5.

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=2924 (br), 2811 (br), 1573 (vs).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\pmb \Phi}_{\sf F}$
DMSO	663 nm	682 nm	143 900 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.13
PBS (<i>pH</i> =7.4)	649 nm	665 nm	88 700 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.12

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.31.

Retention time (system 7, HPLC 45–95)=12.34 min.

HR-ESI-MS ir	acetonitrile/water	(+0.1% formic acid):
--------------	--------------------	--------------------	----

$C_{25}H_{28}FN_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	403.2001	403.2011

5.2.20.2 Synthesis of Si-rhodamine 103b



The Si-rhodamine **103b** was synthesized from commercially available 3-bromofluorobenzene (**102b**, 100 mg, 571 µmol, 2.0 eq.) and Si-xanthone **48** (92.6 mg, 286 µmol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.20. **103b** was afforded as a dark blue solid (72.4 mg, 140 µmol, 25%, 49% brsm) after HPLC purification.

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=7.59 (td, *J*=8.2 Hz, 5.7 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.36 (s, 2 H, H_{arom}), 7.33 (td, *J*=8.3 Hz, 2.6 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.20–7.07 (m, 4 H, H_{arom}), 6.80 (dd, *J*=9.7 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 0.60 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=172.4, 168.7, 163.5 (d, J_{C-F} =148.8 Hz), 155.7, 149.6 (d, J_{C-F} =5.0 Hz), 143.7, 143.0, 142.1, 132.3 (d, J_{C-F} =8.4 Hz), 130.8 (d, J_{C-F} =30.1 Hz), 128.6, 127.3, 125.8, 123.1 (d, J_{C-F} =4.6 Hz), 121.6 (d, J_{C-F} =4.6 Hz), 118.3, 117.3, 115.9, 114.2, 41.6, -0.5, -1.7.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K): δ (ppm)=-77.4 (CF₃COO⁻), -114.5.

```
IR (ATR, neat):
u [cm<sup>-1</sup>]=2933 (br), 2815 (br), 1780 (s), 1737 (vs), 1605 (s), 1572 (vs).
```

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	$oldsymbol{\Phi}_{ extsf{F}}$
DMSO	666 nm	682 nm	113 400 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.12
PBS (<i>pH</i> =7.4)	650 nm	666 nm	51 100 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.08

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.26.

Retention time (system 7, HPLC 25–75)=22.21 min.

HR-ESI-MS in acetonitrile/water (+0.1% formic acid):

$C_{25}H_{28}FN_2Si^{+}$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	403.2001	403.2001

5.2.20.3 Synthesis of Si-rhodamine 103c



The Si-rhodamine **103c** was synthesized from commercially available 2-bromofluorobenzene (**102c**, 100 mg, 571 µmol, 2.0 eq.) and Si-xanthone **48** (92.6 mg, 286 µmol, 1.0 eq.) according to the general procedure 5.2.20. **103c** was afforded as dark blue solid (82.7 mg, 160 µmol, 28%, 56% brsm).

¹H-NMR (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=7.55 (q, *J*=8.1 Hz, 7.7 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.34 (t, *J*=7.5 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.25–7.10 (m, 6 H, H_{arom}), 6.64 (d, *J*=9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 0.59 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=163.4, 160.8, 160.7, 158.1, 154.3, 148.6, 142.4, 140.8, 132.2 (d, J_{C-F} =8.4 Hz), 130.5, 127.9 (d, J_{C-F} =7.8 Hz), 126.3 (d, J_{C-F} =21.7 Hz), 125.2 (d, J_{C-F} =6.9 Hz), 123.6, 120.3, 118.0, 116.9, 115.1, 113.4, 41.8, -0.2, -1.5.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, CDCl₃, 300 K):

 δ (ppm)=-75.5 (CF₃COO⁻), -113.9.

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3372 (br), 2925 (br), 1572 (vs).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\pmb \phi}_{ extsf{F}}$
DMSO	671 nm	687 nm	94 900 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.15
PBS (<i>pH</i> =7.4)	655 nm	671 nm	54 200 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.22

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.14.

Retention time (system 7, HPLC 45–95)=4.56 min.

HR-ESI-MS in acetonitrile/water (+0.1% formic acid):

$C_{25}H_{28}FN_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M]+	403.2001	403.2007

5.2.21 The synthesis of Si-rhodamine 108^[200]



4-iodoaniline (**106**, 290 mg, 1.32 mmol, 1.0 eq.) was dissolved in a heat-dried round-bottom flask in anhydrous THF (10 mL) under an argon atmosphere. The colorless solution was cooled down to -78 °C and LiHMDS (1 M in THF, 2.78 mL, 2.78 mmol, 2.1 eq.) was added dropwise to the solution. The color of the reaction mixture changed to dark brown. The reaction mixture was stirred for 15 minutes at -78 °C and then the cooling bath was removed for five minutes to ensure complete deprotonation, before cooling down again to -78 °C. After 10 minutes trimethylsilyl(TMS) chloride (302 mg, 2.78 mmol, 2.1 eq.) was added dropwise via a syringe to the dark orange solution at -78 °C. After complete addition, the solution was

allowed to warm up to room temperature and was stirred for two hours under an argon atmosphere. Afterwards the solvent was removed under reduced pressure and then the brown oil was redissolved in anhydrous *n*-hexane (50 mL). Then the solution was filtrated and thereafter the solvent was removed under reduced pressure. The remaining brown oil of **107** was used without further purification and purity control for the next reaction step.

The TMS-protected aniline 107 (400 mg, 1.10 mmol, 3.27 eq.) was dissolved in a heat-dried round-bottom flask in anhydrous THF (5.50 mL) under an argon atmosphere. The brown solution was cooled down to -78 °C and was stirred for 20 minutes at -78 °C. At -78 °C tertbutyllithium (1.6 M in pentane, 1.40 mL, 2.24 mmol, 6.67 eq.) was added dropwise to the reaction mixture. CAUTION: solutions of tert-butyllithium react explosively with water and may ignite in moist air. The resulting red solution was stirred for 30 minutes at -78 °C. Then the Si-xanthone 48 (100 mg, 336 µmol, 1.0 eq.) in anhydrous THF (10 mL) was added via a syringe within seconds to the reaction mixture at -78 °C. A color change to dark orange was observed. After addition of 48, the cooling bath was quickly removed and the reddish solution was stirred for three hours at room temperature which led to almost complete conversion of 48 (monitored by normal phase TLC: DCM/MeOH 9:1). Then hydrochloric acid (1 M, 5 mL) and deionized water (100 mL) were added to the red solution and the solution turned gradually dark blue. The blue solution was extracted with DCM (3x250 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and were dried afterwards over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was then purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 88:12). The concentrated and combined fractions from the column were filtrated over cotton wool to afford the Si-rhodamine **48** as a blue solid. To increase the purity and to verify the counter ion as a trifluoroacetate ion the product was further purified by reverse-phase HPLC (10–90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, system 2) to obtain the corresponding Si-rhodamine **108** (128 mg, 249 µmol, 74%) as a gleaming dark blue solid.

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=7.39–7.13 (m, 8 H, H_{arom}), 6.78 (dd, *J*=9.7 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.33 (s, 12 H, N-CH₃), 0.58 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):
δ (ppm)=171.4, 155.6, 149.5, 143.4, 137.8, 132.3, 131.3, 129.2, 122.0, 118.6, 114.7, 40.8, -1.1.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=-76.9 (CF₃COO⁻).

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=2931 (br), 1733 (s), 1688 (s), 1572 (vs).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	$oldsymbol{arPhi}_{ extsf{F}}$
DMSO	655 nm	683 nm	84 200 M ⁻¹ cm ⁻¹	<0.01
PBS (<i>pH</i> =7.4)	644 nm	667 nm	69 100 M ⁻¹ cm ⁻¹	<0.01

R^f value (DCM/MeOH 90:10)=0.52.

HR-ESI-MS in acetonitrile/water (+0.1% formic acid):

C ₂₅ H ₃₀ N ₃ Si ⁺	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M]+	400.2204	400.2204

5.2.22 The synthesis of Si-rhodamine 109



The amine-functionalized Si-rhodamine **108** (20 mg, 38.9 µmol, 1.0 eq.) was dissolved in a 2:1 ratio of acetic acid (2.00 mL) and deionized water (1.00 mL). The dark blue solution was cooled down to 0 °C and a solution of sodium nitrite (4.03 mg, 58.4 µmol, 1.5 eq.) in deionized water (100 µL) was added. The color changed from dark blue to a slightly green-blue solution. After 20 minutes, potassium iodide (12.9 mg, 77.8 µmol, 2.0 eq.) in deionized water (100 µL) was added at 0 °C. After 20 minutes, the cooling bath was removed. A color change back to a dark blue combined with gaseous bubbling was observed. Then the blue solution was stirred for two hours at room temperature. Subsequently the solvents were carefully removed under reduced pressure. The blue solution was diluted with DCM (50 mL) and deionized water (50 mL) and the two phases were transferred into a separation funnel. Afterwards the organic

phase was separated. The aqueous phase was extracted with DCM (3x100 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 95:5) to obtain Si-rhodamine **109** as a dark blue solid. For high purity and to verify the counter ion as a trifluoroacetate ion the product was purified by reverse-phase HPLC (30-90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v trifluoroacetic acid additive, *system* 2) to afford the corresponding Si-rhodamine **109** (22.4 mg, 35.8 µmol, 92%) as a dark blue solid.

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=7.87 (d, *J*=7.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.19–7.08 (m, 4 H, H_{arom}), 6.99 (d, *J*=7.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.61 (d, *J*=9.3 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.34 (s, 12 H, N-CH₃), 0.57 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=168.3, 154.2, 148.8, 142.3, 138.5, 137.6, 131.2, 127.8, 121.4, 114.0, 94.8, 41.6, -0.3.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=-75.6 (CF₃COO⁻).

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3076 (br), 2930 (br), 1687 (s), 1574 (vs).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\pmb \Phi}_{ extsf{F}}$
DMSO	663 nm	681 nm	83 900 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.12
PBS (<i>pH</i> =7.4)	648 nm	667 nm	41 100 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.14

*R*_f value (DCM/MeOH 90:10)=0.65.

*R*_f value (DCM/MeOH 95:5)=0.12.

Retention time (system 7, HPLC 25–75)=25.04 min.

HR-ESI-MS in acetonitrile/water	(+0.1% formic acid):
---------------------------------	----------------------

$C_{25}H_{28}IN_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	511.1061	511.1066

5.2.23 The synthesis of copper complex [Cu(OTf)₂(impy)₄]^[308]

$$[Cu(OTf)_2] + 4 \bigvee_{N \to N} N \xrightarrow{MeOH, 60 °C, 1 h} [Cu(OTf)_2(impy)_4]$$

Under slightly modified conditions the copper complex was synthesized.^[308] Copper(II) trifluoromethanesulfonate (500 mg, 1.38 mmol, 1.0 eq.) was dissolved in anhydrous methanol (3 mL) under an argon atmosphere. The slightly blue solution was warmed up to 60 °C. Afterwards the ligand imidazo[1,2-*b*]pyridazine (663 mg, 5.57 mmol, 4.0 eq.) dissolved in anhydrous methanol (1 mL) was added. A change to blue of the reaction mixture was observed. The blue solution was stirred for one hour at 60 °C. Then the reaction mixture was allowed to cool down to room temperature and the solvent was removed under reduced pressure. Subsequently the blue residue was washed with diethyl ether (50 mL), DCM (10 mL) and DCM/MeOH: 9:1 (5 mL). The blue solid was dried at high vacuum for nine hours at 60 °C and then over night at room temperature. Tetrakis(imidazo[1,2-*b*]pyridazine)copper(II)triflate (477 mg, 569 µmol, 41%) was obtained as a pale blue solid.

Elemental analysis:

C₂₆H₂₀CuF₆N₁₂O₆S₂·H₂O (*M*=856.20 g/mol) Calculated: C: 36.47%, H: 2.59%, N: 19.63%, S: 7.49% Found: C: 36.71%, H: 2.40%, N: 19.70%, S: 7.58%.

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3168 (br), 3117 (br), 3066 (w), 1619 (s), 1541 (s), 1504 (s).

5.2.24 Synthesis of 3-bromo-5-(4,4-dimethyl-4,5-dihydrooxazol-2-yl)aniline (115)^[153]



The benzoic acid **114** (1.00 g, 4.63 mmol, 1.0 eq.) was suspended in thionyl chloride (5 mL) under an argon atmosphere. The colorless suspension was warmed up to 70 °C. After 10 minutes three drops of anhydrous dimethyl formamide (DMF) were added to the

suspension. A gas bubbling was observed and the yellow solids went into solution within 30 minutes. The yellow reaction mixture was stirred for two hours at 70 °C. Afterwards the thionyl chloride was removed by distillation and the yellow residue was removed after azeotrope drying steps with anhydrous DCM (3x10 mL). Afterwards the yellow oil was dried under high vacuum for two hours. In a separate heat-dried round-bottom flask 2-amino-2methylpropan-1-ol (619 mg, 6.94 mmol, 1.5 eq.) was dissolved in anhydrous DCM (10 mL) and N,N-diisopropylethylamine (1.61 mL, 9.25 mmol, 2 eq) was added. The solution was cooled down to 0 °C. Then the acid chloride in anhydrous DCM (10 mL) was added dropwise to the solution of 2-amino-2-methylpropan-1-ol at 0 °C. After complete addition the cooling bath was removed. The round-bottom flask was sealed and was stirred over night at room temperature. Subsequently the brown solution was diluted with DCM (200 mL), deionized water (50 mL) and was transferred into a separation funnel. Then the organic phase was separated. The aqueous phase was extracted with DCM (3x150 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. Then the residue was cooled down to 0 °C. Subsequently thionyl chloride (3 mL) was added dropwise via a syringe to the brown residue at 0 °C. The cooling bath was removed and the dark yellow solution was stirred for two hours at room temperature. Afterwards the thionyl chloride was removed via distillation. The brown solution was diluted with DCM (100 mL), water (100 mL) and was transferred then into a separation funnel. The organic phase was separated. The aqueous phase was extracted with DCM (3x200 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 97:3) to obtain the oxazoline 115 (897 mg, 3.33 mmol, 72%) as a yellow oil.

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=7.44 (t, *J*=1.6 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.29–7.26 (m, 1 H, H_{arom}), 6.93 (t, *J*=2.0 Hz, 1 H, H_{arom}), 4.14 (s, 2 H, CH₂), 3.34 (s, 6 H, CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=161.3, 147.7, 130.6, 123.0, 121.2, 120.3, 113.4, 79.4, 67.8, 28.5.

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3334 (br, m), 3212 (br, m), 2966 (s), 2928 (w), 2893 (w), 1644 (vs), 1598 (vs), 1565 (vs).

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.24.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{11}H_{13}^{79}Br^{81}BrN_2O$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[2M+H] ⁺	539.0475	539.0475

5.2.25 Synthesis of tert-butyl 3-iodo-5-nitrobenzoate (120)[320]



The 3-iodo-5-nitrobenzoic acid (**119**) (1.00 g, 3.41 mmol, 1.0 eq.) was added to a heat-dried round-bottom flask under an argon atmosphere. Then di-*tert*-butyl dicarbonate (2.22 g, 10.2 mmol, 3.0 eq.) and 4-dimethylaminopyridine (4-DMAP, 99.3 mg, 812 µmol, 0.24 eq.) were added as solids to the benzoic acid. All the solids were dissolved in anhydrous THF (10 mL). Then the solution was heated to 65 °C and was stirred over night. Afterwards the yellow solution was allowed to cool down to room temperature and the solvent was removed under reduced pressure. The residue was dissolved in ethyl acetate (200 mL) and deionized water (100 mL) was added. The two phases were added into a separation funnel and the organic phase was separated. The aqueous phase was extracted with ethyl acetate (3x150 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The solvent was removed under reduced pressure. The solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, *n*-hexane/ethyl acetate 99:1 to 95:5) to obtain the *tert*-butyl 3-iodo-5-nitrobenzoate (**120**) (1.15 g, 3.29 mmol, 96%) as a colorless solid.

¹H-NMR (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=8.73 (dt, *J*=2.2 Hz, 1.1 Hz, 1 H, H_{arom}), 8.69 (dq, *J*=1.6 Hz, 0.9 Hz, 1 H, H_{arom}), 8.62– 8.59 (m, 1 H, H_{arom}), 1.62 (s, 9 H, CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=162.2, 148.6, 144.1, 135.8, 135.2, 123.8, 93.3, 83.5, 28.2.

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3094 (w), 3084 (w), 3013 (w), 2979 (m), 2933 (w), 2359 (w), 1708 (vs), 1605 (m), 1533 (vs).

 R_f value (n-hexane/ethyl acetate 9:1)=0.65.



5.2.26 Synthesis of tert-butyl 3-amino-5-iodobenzoate (121)[325]

The *tert*-butyl 3-iodo-5-nitrobenzoate (**120**) (800 mg, 2.29 mmol, 1 eq.) was dissolved in ethanol (50 mL) and deionized water (50 mL) was added. Then ammonium chloride (1.42 g, 26.5 mmol, 11.6 eq.) and iron powder (444 mg, 7.95 mmol, 3.47 eq.) were added to the colorless suspension. The resulting black suspension was stirred for three hours at 95 °C. After complete consumption of **120** (monitored by normal phase TLC: *n*-hexane/ethyl acetate 9:1) the black suspension was filtrated over a short pad of Celite[®] to remove the iron powder. The colorless solution was transferred into a separation funnel and the organic phase was separated. Afterwards the aqueous phase was extracted with ethyl acetate (3x200 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by flash column chromatography (silica gel, *n*-hexane/ethyl acetate 9:1 to 6:4) to obtain the *tert*-butyl 3-amino-5-iodobenzoate (**121**) (656 mg, 2.06 mmol, 90%) as a yellow oil.

¹H-NMR (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=7.74 (t, *J*=1.5 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.33 (dd, *J*=2.3 Hz, 1.3 Hz, 1 H, H_{arom}),7.27 (dd, *J*=2.3 Hz, 1.5 Hz, 1 H, H_{arom}), 1.57 (s, 9 H, CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=164.3, 145.7, 134.8, 129.6, 128.2, 116.3, 94.4, 81.8, 28.3.

IR (ATR, neat): *u* [cm⁻¹]=3470 (br, m), 3374 (br, m), 3232 (w), 2976 (s), 2930 (w), 1699 (vs), 1620 (s), 1595 (vs), 1566 (vs).

 R_f value (n-hexane/ethyl acetate 9:1)=0.14.

$C_{11}H_{14}INO_2$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M+H] ⁺	320.0142	320.0145
[M-(<i>tert</i> -Bu)+H]⁺	263.9516	263.9517
[M-I]+	138.0550	138.0550

HR-ESI-MS in acetonitrile/water (+0.1% formic acid):

5.2.27 General procedure for the synthesis of TMS-protected anilines^[200]

The anilines **115** or **121** were dissolved in a heat-dried round-bottom flask in anhydrous tetrahydrofuran (0.2 mM) under an argon atmosphere. Then the solution was cooled down to -78 °C and LiHMDS (1 M in THF) was added dropwise to the solution. After complete addition, a dark orange solution was observed. Subsequently the reaction mixture was stirred for 10 minutes at -78 °C and then the cooling bath was removed for five minutes to fulfill complete deprotonation, before cooling down again to -78 °C. After 10 minutes trimethylsilyl(TMS) chloride (2.1 eq.) was added dropwise via a syringe to the dark red solution. After complete addition, the solution was warmed up to room temperature and was stirred for four hours under an argon atmosphere. Then the solvent was removed under reduced pressure. The resulting oil was dissolved in anhydrous *n*-hexane (50 mL) and the solution was dried under high vacuum. Then the oil was used directly without further purification and purity control for the next reaction step.

The TMS-protected anilines **116** or **122** (1 eq.) were dissolved in a heat-dried round-bottom flask in anhydrous THF (0.20 mM) under an argon atmosphere. Then the reddish solution was cooled down to -78 °C and was stirred for further 10 minutes at -78 °C. At -78 °C *tert*-butyllithium (1.6 M in pentane) was carefully added dropwise to the solution. *CAUTION: solutions* of *tert-butyllithium react explosively with water and may ignite in moist air.* The orange solution was stirred for further 30 minutes at -78 °C. Afterwards the Si-xanthone **48** was dissolved in anhydrous tetrahydrofuran (10 mL) and was added via a syringe within seconds to the reaction mixture at -78 °C. After complete addition of **48**, the cooling bath was quickly removed and the reddish solution was stirred for four hours which led to almost complete conversion of **48** (monitored by normal phase TLC: DMC/MeOH 9:1). Then hydrochloric acid (1 M, 5 mL) and deionized water (100 mL) were added to the red solution and the solution was extracted with DCM (3x200 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure.

Then the resulting blue crude products were purified by flash column chromatography. The concentrated and combined fractions from the column were filtrated over cotton wool to afford the crude Si-rhodamine **117** or **123** as a dark blue solid.

5.2.27.1 Synthesis of Si-rhodamine 117



According to the general procedure 5.2.27 3-bromo-5-(4,4-dimethyl-4,5-dihydrooxazol-2yl)aniline (115) (253 mg, 940 µmol, 1 eq.) was dissolved in anhydrous THF (4.70 mL) and was cooled down to -78 °C. Then LiHMDS (1 M in THF, 1.97 mL, 1.97 mmol, 2.1 eq.) was added and after the mentioned reaction time trimethylsilyl chloride (250 µL, 1.97 mmol, 2.1 eq.) was added. After work up, the TMS-protected aniline **116** was used without further purification. **116** was dissolved in anhydrous THF (4.70 mL) and was cooled down again to -78 °C. At -78 °C tert-butyllithium (1.6 M in pentane, 1.04 mL, 1.68 mmol, 2.1 eq.) was added dropwise to the solution. After the mentioned reaction time the Si-xanthone 48 (108 mg, 333 µmol, 0.35 eq.) was added at -78 °C. After the addition of hydrochloric acid (1 M, 5 mL) and aqueous work up the purification on silica gel was performed (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 80:20). After filtration, of the purified fraction over a cotton wool and the evaporation of the solvents under reduced pressure the protected Si-Rhodamine was dissolved in a solution of hydrochloric acid (6 M, 5 mL). For complete deprotection, the aqueous brown solution was heated to 80 °C and was stirred over night. Subsequently the acidic solution was dissolved in deionized water (100 mL) and a saturated solution of sodium bicarbonate (20 mL) was carefully added dropwise to the acidic solution. Afterwards the dark blue solution was transferred into a separation funnel. The dark solution was extracted with a mixture of chloroform and 2-propanol (3:1; 3x100 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The residue was dissolved in DCM/MeOH (95:5) and was filtrated over cotton wool to afford the crude Si-rhodamine 117 as a dark blue solid. The crude product was purified by reverse-phase HPLC (10-90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, system 2) to obtain the corresponding Sirhodamine 117 (100 mg, 180 µmol, 54%) as a dark blue solid.

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=7.50 (dd, *J*=2.3 Hz, 1.4 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.34 (d, *J*=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.29 (s, 1 H, H_{arom}), 7.27 (s, 1 H, H_{arom}), 7.12 (q, *J*=1.7 Hz, 1 H, H_{arom}), 6.82 (d, *J*=2.9 Hz, 1 H, H_{arom}), 6.81–6.73 (m, 2 H, H_{arom}), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 0.60 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.59 (s, 3 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=190.4, 169.3, 161.8, 155.7, 149.6, 143.2, 143.1, 141.6, 132.9, 128.7, 128.6, 125.9, 122.2, 122.1, 121.4, 118.2, 117.1, 115.0, 114.9, 40.9, -0.3.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, CDCl₃, 300 K):

 δ (ppm)=-75.4 (CF₃COO⁻).

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3359 (br, m), 2929 (br, m), 1693 (s), 1573 (vs).

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.09.

HR-ESI-MS in MeCN+0.1% formic acid:

$C_{26}H_{30}N_3O_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	444.2102	444.2102

5.2.27.2 Synthesis of Si-rhodamine 123



According to the general procedure 5.2.27 *tert*-butyl 3-amino-5-iodobenzoate (**121**) (174 mg, 545 μ mol, 1 eq.) was dissolved in anhydrous THF (2.73 mL) and was cooled down to –78 °C. Then LiHMDS (1 M in THF, 1.34 mL, 1.34 mmol, 2.46 eq.) was added and after the mentioned reaction time trimethylsilyl chloride (170 μ L, 1.34 mmol, 2.46 eq.) was added dropwise to the reaction mixture. After work up, the TMS-protected aniline **122** was used without further purification. **122** was dissolved in anhydrous THF (2.73 mL) and was cooled again to –78 °C. At –78 °C *tert*-butyllithium (1.6 M in pentane, 800 μ L, 1.28 mmol, 2.35 eq.) was added dropwise to the solution. As described above the Si-xanthone **48** (106 mg, 327 μ mol, 0.60 eq.)

was then added at -78 °C. After the addition of hydrochloric acid (1 M, 5 mL) and aqueous work up the purification on silica gel was performed (silica gel, DCM/MeOH 99:1 to 92:8) to obtain the protected Si-rhodamine **123** (154 mg, 288 µmol, 88%) as a dark blue solid.

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=7.38 (s, 1 H, H_{arom}), 7.26 (d, *J*=9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.14 (d, *J*=2.9 Hz, 3 H, H_{arom}), 6.85 (t, *J*=2.0 Hz, 1 H, H_{arom}), 6.63 (dd, *J*=9.6 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.37 (s, 12 H, CH₃), 1.57 (s, 9 H, CH₃), 0.63 (s, 3 H, CH₃), 0.59 (s, 3 H, CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, CDCl₃, 300 K):
δ (ppm)=170.0, 165.5, 154.2, 148.6, 147.0, 143.0, 139.8, 133.0, 127.9, 120.8, 119.6, 116.0, 114.0, 81.6, 41.4, 28.3, -0.3, -0.6.

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3307 (br, m), 2927 (br, m), 1704 (m), 1573 (vs).

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.41.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{30}H_{38}N_3O_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	500.2728	500.2726

5.2.28 Synthesis of Si-rhodamine 117



The Si-rhodamine **123** (100 mg, 187 µmol, 1 eq.) was dissolved in anhydrous DCM (1.50 mL) and trifluoroacetic acid (0.50 mL) was added. The dark blue solution turned to a brown solution immediately. The reaction mixture was stirred for three hours at room temperature until the starting material was completely converted (monitored by normal phase TLC: DMC/MeOH 9:1). Afterwards the solvents were removed by reduced pressure. The dark blue residue was dissolved in a mixture of deionized water/acetonitrile (1:3; 2 mL) and was purified by reverse-

phase HPLC (10–90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, *system* 2) to obtain the corresponding Si-rhodamine **117** (87.6 mg, 157 μ mol, 84%) as a dark blue solid.

The analytical data are consistent with the data of the previous reaction (5.2.27.1).

5.2.29 Synthesis of Si-rhodamine 110^[321]



The synthesis procedure was performed based on literature under slightly modified conditions.^[321] The amine-functionalized Si-rhodamine **117** (21 mg, 43.7 µmol, 1 eq.) was dissolved in a 3:1 mixture of acetic acid (0.60 mL) and deionized water (0.20 mL). The dark blue solution was cooled down to 0 °C and sodium nitrite (4.50 mg, 65.6 µmol, 1.5 eq.) dissolved in deionized water (100 µL) was added. The color changed from dark blue to a slightly green-blue solution. After 20 minutes tetrahydroxydiboron (32.8 mg, 87.4 µmol, 2.0 eq.) dissolved in acetic acid (100 µL) was added at 0 °C. A color change back to a dark blue combined with gradual bubbling was observed. The reaction mixture was allowed to warm to room temperature. Subsequently the solvents were carefully removed under reduced pressure. The reaction mixture was diluted with chloroform (100 mL) and water (20 mL) and was transferred into a separation funnel. Afterwards the organic phase separated. The aqueous phase was extracted with a mixture of chloroform and 2-propanol (3:1; 3x100 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvents were removed under reduced pressure. The crude product was dissolved in a mixture of deionized water/acetonitrile (1:1; 4 mL) and was purified by reversephase HPLC (10-90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, system 2) to obtain the corresponding Si-rhodamine 110 (11.8 mg, 20.1 µmol, 46%) after the removal of the solvents as dark blue solids. As a byproduct the protodeboronated Sirhodamine 61 was observed in a side reaction (7.82 mg, 14.4 µmol, 33%). The analytical data of the byproduct **61** is consistent with the data in 5.2.4.3.
¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=8.55 (s, 1 H, H_{arom}), 7.89 (s, 1 H, H_{arom}), 7.76 (s, 1 H, H_{arom}), 7.37 (d, *J*=2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.07 (d, *J*=9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.78 (dd, *J*=9.6 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 0.62 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.61 (s, 3 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=169.1, 155.7, 149.6, 143.0, 140.2, 139.8, 135.9, 132.8, 131.3, 128.9, 128.8, 122.3, 115.1, 40.9, -1.1.

¹¹**B-NMR** (128 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K): δ (ppm)=24.5.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K): δ (ppm)=-77.0 (CF₃COO⁻).

*R*_f value (DCM/MeOH 9:1)=0.11.

HR-ESI-MS in acetonitrile (+0.1% formic acid):

$C_{26}H_{30}BN_2O_4Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	473.2063	473.2066

5.2.30 Synthesis of Si-rhodamine 124



The amine-functionalized Si-rhodamine **117** (23 mg, 47.9 μ mol, 1 eq.) was dissolved in a 3:1 mixture of acetic acid (0.90 mL) and deionized water (0.30 mL). The dark blue solution was cooled down to 0 °C and sodium nitrite (3.30 mg, 71.9 μ mol, 1.5 eq.) dissolved in deionized water (100 μ L) was added. The color changed from dark blue to a slightly greenblue solution. After 20 minutes potassium iodide (15.9 mg, 95.8 μ mol, 2.0 eq.) dissolved in acetic acid (100 μ L) was added at 0 °C. A color change back to a dark blue combined with gradual bubbling was observed. The reaction mixture was allowed to warm up to room temperature. Afterwards the solvents were removed under reduced pressure. The resulting

solution was diluted with DCM (200 mL), water (50 mL) and was transferred into a separation funnel. Afterwards the organic phase was separated. The aqueous phase was extracted with DCM (3x100 mL). The combined organic phases were washed with brine and dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was dissolved in a mixture of deionized water/acetonitrile (1:3; 2 mL) and was purified by reverse-phase HPLC (30–90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, *system* 2) to obtain the corresponding Si-rhodamine **124** (11.8 mg, 20.1 µmol, 46%) after the removal of the solvents as dark blue solids.

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=8.54 (s, 1 H, H_{arom}), 7.87 (d, *J*=12 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.38 (d, *J*=2.9 Hz, 1.5 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.07 (d, *J*=9.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.82 (dd, *J*=9.7 Hz, 2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.36 (s, 12 H, N-CH₃), 0.61 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³**C-NMR** (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=167.3, 166.8, 155.8, 149.6, 142.9, 142.7, 139.8, 133.9, 130.7, 128.6, 122.5, 115.3, 94.6, 40.9, -1.1.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=-77.0 (CF₃COO⁻).

R^f value (DCM/MeOH 9:1)=0.38.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{26}H_{28}IN_2O_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	555.0960	555.0960

5.2.31 General procedure for the synthesis of PFP-protected Si-rhodamines^[324]

The carboxylic acid-functionalized Si-rhodamines **110** or **124** (1 eq) were added to a heatdried flask and were dissolved in anhydrous DCM (2 mL) under an argon atmosphere. Then a solution of 1-Ethyl-3-(3-dimethylaminopropyl)carbodiimide hydrochloride (EDC·HCI; 1.5 eq.), 4-(dimethylamino)pyridine (4-DMAP, 1 eq.) and pentafluorophenol (PFP-OH; 2 eq.) dissolved in anhydrous DCM (2 mL) was added to the blue solution of Si-rhodamine **110** or **124**. The reaction mixture was stirred for three hours at room temperature. Afterwards the dark blue solution was diluted with deionized DCM (100 mL), water (50 mL) and was transferred into a separation funnel. Then the organic phase was separated. The aqueous phase was extracted with DCM (3x50 mL) until the aqueous solution became nearly colorless. The combined organic phases were washed with brine and were dried over sodium sulfate. After filtration, the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by reverse-phase HPLC (30-90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, *system* 2) to afford the corresponding Si-rhodamines **118** or **128** after the removal of the solvents as dark blue solids.

5.2.31.1 Synthesis of Si-rhodamine 118



The Si-rhodamine **118** was synthesized starting from the boronic acid-functionalized Si-rhodamine **110** (20 mg, 32.1 μ mol, 1.0 eq.) with EDC·HCI (9.53 mg, 48.2 μ mol, 1.5 eq.), PFP-OH (10.7 mg, 64.3 μ mol, 2 eq.) and 4-DMAP (3.91 mg, 32.1 μ mol, 1 eq.) in anhydrous DCM (2 mL) according to the general procedure 5.2.31. **118** was finally obtained as a dark blue solid (15.5 mg, 20.5 μ mol, 64%) after HPLC purification.

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=8.75 (s, 1 H, H_{arom}), 8.09 (s, 1 H, H_{arom}), 7.96 (s, 1 H, H_{arom}), 7.39 (s, 2 H, H_{arom}), 7.08 (d, *J*=9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.81 (d, *J*=12.0 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.36 (s, 12 H, N-CH₃), 0.62 (s, 6 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=167.9, 167.3, 163.7, 159.5, 155.2, 149.6, 142.8, 141.0, 129.5, 128.9, 128.5, 127.6, 123.9, 123.0, 122.5, 122.4, 122.3, 122.2, 118.1, 115.2, 40.9, -1.1, -1.2.

¹¹**B-NMR** (128 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K): δ (ppm)=28.4. ¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

 δ (ppm)=-77.3 (CF₃COO⁻), -155.5 (d, *J*=17.0 Hz), -160.9 (t, *J*=20.8 Hz), -165.5 (t, *J*=18.7 Hz).

IR (ATR, neat):

u [cm⁻¹]=3066 (br, m), 2929 (br, m), 1673 (s), 1575 (vs).

R^{*f*} value (DCM/MeOH 9:1)=0.05.

HR-ESI-MS in DCM/MeOH:

$C_{32}H_{29}BF_5N_2O_4Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	639.1905	639.1904
[M+CH ₃] ⁺	653.2061	653.2060
[M+2CH ₃] ⁺	667.2218	667.2216

5.2.31.2 Synthesis of Si-rhodamine 128



The Si-rhodamine **128** was synthesized starting from the iodinated Si-rhodamine **124** (10 mg, 14.2 μ mol, 1.0 eq.) with EDC·HCI (4.08 mg, 21.3 μ mol, 1.5 eq.), PFP-OH (5.23 mg, 28.4 μ mol, 2 eq.) and 4-DMAP (1.73 mg, 14.2 μ mol, 1 eq.) in anhydrous DCM (2 mL) according to the general procedure 5.2.31. **128** was finally obtained as a dark blue solid (10.1 mg, 12.1 μ mol, 85%) after HPLC purification.

¹**H-NMR** (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=8.74 (s, 1 H, H_{arom}), 8.08 (d, *J*=5.5 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.40 (d, *J*=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.09 (d, *J*=9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.85 (dd, *J*=9.6 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 3.37 (s, 12 H, N-CH₃), 0.62 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.61 (s, 3 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=170.1, 165.7, 162.5, 162.1, 155.8, 149.6, 145.0, 143.6, 142.6, 142.6, 140.4, 131.3, 130.4, 129.9, 128.6, 122.7, 119.4, 115.4, 115.3, 95.2, 41.0, -1.1, -1.2.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

 δ (ppm)=-77.1 (CF₃COO⁻), -155.2 (d, *J*=17.0 Hz), -160.5 (t, *J*=20.8 Hz), -165.5 (t, *J*=18.7 Hz).

R^f value (DCM/MeOH 99:1)=0.25.

HR-ESI-MS in MeCN+0.1% formic acid:

$C_{32}H_{27}F_5IN_2O_2Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	721.0802	721.0801

5.2.32 General procedure for amide formation by using PFP-protected Si-rhodamines^[324]

The pentafluorophenyl ester (1 eq.) was dissolved in anhydrous DMF (1 mL) under an argon atmosphere. Then a mixture of the primary amine (1.5–2. eq.) and *N*,*N*-diisopropylethylamine (DIPEA; 4–6 eq.) in DMF was added to the blue solution in one portion. The blue reaction mixture was stirred for three hours at room temperature. After complete conversion (monitored by HPLC: *system* 7 and ESI-MS: positive modus) the solvent was removed under reduced pressure. The crude product was purified by reverse-phase HPLC (10–90% MeCN/H₂O, linear gradient in 35 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, *system* 2) to obtain the respective amide-functionalized Si-rhodamines **130**, **132** and **134** after the removal of the solvents as dark blue solids.

5.2.32.1 Synthesis of Si-rhodamine 130



The Si-rhodamine **130** was synthesized starting from the pentafluorophenyl ester substituted Si-rhodamine **128** (3.50 mg, 4.97 μ mol, 1.0 eq.), 4-methylbenzylamine (**129**) (1.20 mg, 9.94 μ mol, 2 eq.) and DIPEA (3.46 μ L, 19.9 μ mol, 4 eq.) in anhydrous DMF (2 mL) according to the general procedure 5.2.32. Si-rhodamine **130** was finally obtained as a dark blue solid after HPLC purification (3.11 mg, 4.03 μ mol, 81%).

¹**H-NMR** (600 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=9.13 (t, *J*=5.9 Hz, 1 H, NH), 8.42 (t, *J*=1.5 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.83 (t, *J*=1.5 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.74 (t, *J*=1.6 Hz, 1 H, H_{arom}), 7.37 (d, *J*=2.8 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.22 (d, *J*=5.5 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.13 (d, *J*=8.2 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.08 (d, *J*=9.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.81 (dd, *J*=9.8 Hz, 3.2 Hz, 2 H, H_{arom}), 4.51 (s, 2 H, CH₂), 3.35 (s, 12 H, N-CH₃), 2.30 (s, 3 H, CH₃), 0.61 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.59 (s, 3 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (101 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=167.2, 167.1, 155.7, 149.5, 142.9, 142.8, 141.7, 138.1, 137.6, 137.3, 136.8, 130.2, 128.7, 128.6 (2 C), 122.5, 115.3, 94.8, 44.5, 40.9, 21.1, -1.1, -1.2.

¹⁹**F-NMR** (564 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=-77.1 (CF₃COO⁻).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\pmb \phi}_{ extsf{F}}$
PBS (<i>pH</i> =7.4)	652 nm	670 nm	21 600 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.10

Retention time (system 7, HPLC 45–95)=15.08 min.

HR-ESI-MS in MeCN+0.1% formic acid:

$C_{34}H_{37}IN_3OSi^{+}$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	658.1746	658.1745

5.2.32.2 Synthesis of Si-rhodamine 132



The Si-rhodamine **132** was synthesized starting from the pentafluorophenyl ester substituted Si-rhodamine **128** (3.00 mg, 3.59 μ mol, 1.0 eq.), indomethacin derivate **131** (3.34 mg, 7.19 μ mol, 2 eq.) and DIPEA (2.51 μ L, 14.4 μ mol, 4 eq.) in anhydrous DMF (2 mL) according to the general procedure 5.2.32. Si-rhodamine **132** was finally obtained as a dark blue solid after HPLC purification (3.29 mg, 3.05 μ mol, 85%).

¹**H-NMR** (400 MHz, CDCl₃, 300 K):

δ (ppm)=8.57 (s, 1 H, NH), 8.47 (s, 1 H, H_{arom}), 7.91 (s, 1 H, H_{arom}), 7.66 (d, *J*=8.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.61 (s, 1 H, H_{arom}), 7.44 (d, *J*=8.2 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.19 (d, *J*=9.7 Hz, 2 H, H_{arom}), 7.04 (s, 3 H, H_{arom}), 6.87 (d, *J*=9.1 Hz, 1 H, H_{arom}), 6.66 (d, *J*=8.4 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.61 (dd, *J*=9.0 Hz, 2.6 Hz, 1 H, H_{arom}), 3.78 (s, 3 H, CH₃), 3.64 (s, 2 H, CH₂), 3.52–3.35 (s, 2 H, CH₂), 3.31 (s, 12 H, N-CH₃), 3.31–3.23 (m, 2 H, CH₂), 2.32 (s, 3 H, CH₃), 1.77–1.54 (m, 4 H, CH₂), 0.57 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.52 (s, 3 H, Si-CH₃).

¹³C-NMR (151 MHz, CDCl₃, 300 K):

 δ (ppm)=171.4, 168.5, 168.2, 166.4, 159.8, 159.6, 156.3, 154.3, 148.5, 143.2, 140.4, 139.1, 137.8, 137.3, 136.2, 134.3, 131.4, 131.1, 131.0, 129.2, 128.1, 127.7, 120.5, 116.7, 115.0, 114.8, 114.4, 114.0, 112.3, 101.4, 93.9, 56.0, 41.0, 40.0, 39.7, 32.0, 26.3, 26.2, 13.7, -0.3, -1.1.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, CDCl₃, 300 K): δ (ppm)=-75.1 (CF₃COO⁻).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs, max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\cal P}_{ m F}$
PBS (<i>pH</i> =7.4)	659 nm	675 nm	16 900 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.03

Retention time (system 7, HPLC 45–95)=16.61 min.

HR-ESI-MS in MeCN+0.1% formic acid:

C ₄₉ H ₅₂ CIIN ₅ O ₄ Si ⁺	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	964.2517	964.2519

HR-MALDI-MS with DCTB as matrix:

$C_{49}H_{52}CIIN_5O_4Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	964.2517	964.2532

5.2.32.3 Synthesis of Si-rhodamine 134



The Si-rhodamine **134** was synthesized starting from the pentafluorophenyl ester substituted Si-rhodamine **128** (3.50 mg, 4.19 μ mol, 1.0 eq.), PSMA-1007 precursor **133** (5.71 mg, 6.29 μ mol, 1.5 eq.) and DIPEA (4.38 μ L, 25.2 μ mol, 6 eq.) in anhydrous DMF (2 mL) according to the general procedure 5.2.32. Si-rhodamine **134** was finally obtained as a dark blue solid after HPLC purification (4.70 mg, 3.02 μ mol, 72%).

¹H-NMR (400 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=8.48 (t, *J*=6.0 Hz, 1 H, NH), 8.42 (t, *J*=1.6 Hz, 1 H, H_{arom}), 8.05 (t, *J*=5.8 Hz, 1 H, NH), 7.86–7.73 (m, 5 H, H_{arom}), 7.72 (s,1 H, H_{arom}), 7.69 (s, 1 H, H_{arom}), 7.66 (s,1 H, H_{arom}), 7.50– 7.37 (m, 3 H, H_{arom}), 7.37–7.33 (m, 2 H, H_{arom}), 7.31 (s,1 H, H_{arom}), 7.29 (s,1 H, H_{arom}), 7.04 (dd, *J*=11.6 Hz, 9.6 Hz, 2 H, H_{arom}), 6.75 (td, *J*=12.3 Hz, 9.6 Hz, 2.9 Hz, 2 H, H_{arom}), 4.57–4.26 (m, 5 H), 4.21–4.13 (m, 1 H), 3.25–3.05 (m, 4 H), 2.51–2.32 (m, 6 H), 2.24–1.94 (m, 6 H), 1.90– 1.77 (m, 1 H), 1.75–1.62 (m, 1 H), 1.59–1.46 (m, 1 H), 1.43–1.32 (m, 2 H), 1.32–1.21 (m, 2 H), 0.57 (s, 3 H, Si-CH₃), 0.52 (s, 3 H, Si-CH₃).

Signals of the protons of the amine-group (-N-CH₃) were not identified due to the overlap of the solvent signal at δ (ppm)=3.31 ppm.

¹³C-NMR (151 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=176.7, 176.4 (3 C), 176.0, 174.1, 173.6 (2 C), 169.9, 167.9, 167.0, 160.1, 155.7, 149.5 (2 C), 143.9, 142.8 (2 C), 141.8, 137.9, 136.6, 136.1, 134.9, 134.0, 133.9, 129.1, 129.0, 128.8, 128.7, 128.6, 128.5, 128.4, 127.2, 126.7, 122.5, 115.3, 115.2, 94.7, 57.0, 53.5, 43.7, 41.0, 40.0, 39.3, 32.9, 31.5, 31.2, 31.1, 29.6, 28.9, 28.0, 27.7, 23.6, -1.1, -1.2.

¹⁹**F-NMR** (376 MHz, MeOD-*d*₄, 300 K):

δ (ppm)=-77.0 (CF₃COO⁻).

Optical properties:

Solvent	$\lambda_{abs,\ max}$	λ_{em}	ε _{max}	${\pmb \Phi}_{\sf F}$
PBS (<i>pH</i> =7.4)	659 nm	682 nm	93 000 M ⁻¹ cm ⁻¹	0.12

Retention time (system 7, HPLC 45–95)=6.33 min.

HR-ESI-MS in MeCN+0.1% formic acid:

$C_{69}H_{79}IN_9O_{16}Si^+$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	1444.4454	1444.4445

MALDI-MS with α -Cyano-4-hydroxycinnamic acid as matrix:

$C_{69}H_{79}IN_9O_{16}Si$	calculated m/z	found <i>m/z</i>
[M] ⁺	1444.4	1444.4

5.3 Radiolabeling procedures for the Si-rhodamines

5.3.1 Synthesis of ^{99m}Tc-Si-rhodamine 78^[347]



Na[99mTcO₄] was eluted by using of a solution of saline (1.0 mL, 0.9%) obtained from a ⁹⁹Mo/^{99m}Tc sterile generator from Triad Isotopes (Triad Isotopes – Canton, MA). The elute (ca. 81.4 MBq) was added to a sealed vial containing the lyophilized salts of sodium-tartrate Na₂C₄H₄O₆ (7 mg), sodium tetraborate decahydrate Na₂B₄O₇*10 H₂O (7 mg) and sodium boranocarbonate Na₂H₃BCO₂ (4 mg).^[250] The sealed and with nitrogen flushed solution was heated for 40 minutes at 100 °C. Afterwards the solution was allowed to cool down to room temperature. The aqueous solution was neutralized with an aqueous solution of hydrochloric acid (1 M) to adjust to pH=7. Subsequently the aqueous technetium-99m tricarbonyl complex 79 solution was added to a solution of Si-rhodamine 76 (86.9 nmol) in deionized water with ethanol (5%) (50 µL). The blue reaction mixture was warmed up to 70 °C for another hour without stirring. Then the blue solution was allowed to cool to room temperature. A small aliquot was taken and radio-HPLC was performed to verify complete radiochemical conversion (5-95% MeCN/H₂O, linear gradient in 20 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, system 4). After verification of complete conversion, the purification was performed via radio-HPLC (5–95% MeCN/H₂O, linear gradient in 20 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, system 4). Finally the collected aqueous solution from radio-HPLC was evaporated under reduced pressure and the residue was redissolved in PBS/EtOH (5%) to afford 78 with a radiochemical yield of 59%.



5.3.2 Copper-mediated radiofluorination (CMRF) screening experiments^[348]

5.3.2.1 CMRF by using WAX cartridges

For the copper-mediated radiofluorination screening experiments a weak anion exchange cartridge (WAX 1cc, 30 mg, oasis[®], watersTM) was preconditioned with 2-propanol (1 mL). Then the cartridge was flushed with nitrogen for two minutes to dry the cartridge. Afterwards [¹⁸F]fluoride was trapped on the WAX cartridge by passing the aqueous [¹⁸F]fluoride solution (ca. 100 MBq in 0.2 mL) from the female side through the cartridge. Thereafter the cartridge was washed with 2-propanol (1 mL) and dried by a gentle stream of nitrogen for three minutes. Finally the [¹⁸F]fluoride was eluted from the WAX cartridge from the female side using a solution of 4-(dimethylamino)-pyridinium triflate (DMAPH⁺OTf⁻, 6.8 mg, 25 µmol) in DMA or DMF (500 µL; elution efficiency: >80%).^[307]

Then aliquots of the eluate were added to various HPLC vials and the precursor (0.4–1.6 μ mol, final concentration: 10–40 mM) and the copper complex tetrakis(pyridine)copper(II) triflate [Cu(OTf)₂(py)₄] (0.4–1.6 μ mol; final concentration: 10–40 mM) dissolved in DMA or DMF were added to the HPLC vials containing [¹⁸F]fluoride. For the copper-mediated radiofluorination experiments the total reaction volumes were 40 μ L, 50 μ L or 160 μ L. The vials were sealed and then the blue reaction mixtures were warmed up to 100–160 °C for 20–40 minutes.

Subsequently the reaction mixtures were allowed to cool down to room temperature and the solutions were diluted with a mixture of water/acetonitrile (1:1). The radiochemical conversions (RCCs) were determined by using UHPLC (MeCN/H₂O+0.1% TFA, *system* 7) and radio-TLC (normal phase TLC: DCM/MeOH 85:15). The RCCs were calculated by dividing the integrated peak area under the curve of [¹⁸F]103a by the sum of all peak areas under the curves originating from all the arising ¹⁸F-containing substances in the radio-HPLC chromatograms as demonstrated for one radiofluorination reaction in Figure 2. The corresponding non-radioactive Si-rhodamine 103a was used as reference standard for the radiofluorinated compound [¹⁸F]103a in UHPLC (*system* 7, UHPLC 25–75) and radio-TLC analyses (normal phase TLC: DCM/MeOH 85:15).



Figure 2: Exemplary determination of the radiochemical conversion by calculating the area under the curves from the obtained peaks via radio-UHPLC. The radio-HPLC chromatogram was recorded from the radiofluorination of the Si-rhodamine **100a** (Table 4, entry: 2). The integrated area under the curve from the free [¹⁸F]fluoride and the product signal from [¹⁸F]**103a** was used for the determination of RCC by UHPLC (*system* 7, UHPLC 25–75).

The conditions and results of the CMRF-screening experiments for the different Si-rhodamines as precursors are shown in Table 1.

Table 1: Overview of the radiofluorination screening experiments for the precursors 6a, 6b and 6c after elution with 4-(dimethylamino)-pyridinium triflate over a WAX cartridge by using different reaction time, temperatures, various amounts of copper agent and precursor. The RCCs were determined by using UHPLC (*system* 7, UHPLC 25–75) or TLC (SiO₂; mobile phase: DCM/MeOH 85:15).

Entry	Precursor	Solvent	Time	Temperature	Total reaction	Precursor: Copper(II) complex	RCC	RCC
			[min]	[°C]	volume [µL]	[amount]	(HPLC)	(TLC)
1	100a	DMA	20	100	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	3%	6%
2		DMA	20	110	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	6%	8%
3		DMA	20	120	40	4 (1.6 µmol):1 (0.4 µmol)	0%	0%
4		DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	25%	23%
5		DMF	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	0%
6		DMA	20	120	160	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	22%	21%
7		DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	15%	13%
8		DMA	40	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	10%	8%
9		DMA	20	140	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	10%	6%
10		DMA	40	140	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	5%	3%
11		DMA	20	160	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	1%
12		DMA	40	160	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	1%
13	100b	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-
14		DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-
15	100c	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-
16	1	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-

5.3.2.2 CMRF by using QMA cartridges

For alternative radiofluorination experiments quaternary methyl ammonium (QMA light, 46 mg, watersTM) were used. According to this the cartridge was preconditioned with NaHCO₃ (1 M, 10 mL) and water (10 mL). [¹⁸F]Fluoride (ca. 100 MBq in 0.2 mL) was trapped on QMA light cartridges by passing the aqueous [¹⁸F]fluoride solution from the female side through the cartridge. The [¹⁸F]fluoride was eluted from the QMA cartridge with a solution of potassium triflate (KOTf, 5 mg, 26.6 µmol) and potassium carbonate (K₂CO₃, 50.0 µg, 362 nmol) dissolved in acetonitrile (1 mL) and water (0.5 mL).^[287-288] The elution efficiency was more than >88% (*n*=4). Afterwards aliquots (60 µL) of the [¹⁸F]fluoride solution were added to HPLC vials. The vials were sealed and were dried at 130 °C for 3 min under a gentle helium flow. Then the HPLC vials were allowed to cool down to room temperature. In the next step a premixed solution (premix time of five minutes) of precursor (10 µL, 0.4 µmol, final concentration: 10 mM), copper agent [Cu(OTf)₂(py)₄] or [Cu(OTf)₂(impy)₄] (10 µL, 1.6 µmol; final concentration: 40 mM) and DMA or 1,3-dimethyl-2-imidazolidinone (DMI) (20 µL) were added to the HPLC vial containing [¹⁸F]fluoride.^[308]

In an alternative elution strategy, the elution was performed with tetraethylammonium bicarbonate (2.7 mg, 14.1 μ mol) in *n*-butanol (400 μ L). Then aliquots (20 μ L) were added to HPLC vials as well.^[289]

The premixed solutions (premix time five minutes) of precursor (10 μ L, 0.4 μ mol, final concentration: 10 mM) and copper agent [Cu(OTf)₂(py)₄] (10 μ L, 1.6 μ mol; final concentration: 40 mM) in DMA were added to the HPLC vial containing [¹⁸F]fluoride and finally pure DMA (20 μ L) was added.

Alternatively, the elution from the cartridge was performed with tetraethylammonium bicarbonate (0.8 mg, 4.18 µmol) in methanol (800 µL).^[289] Then various aliquots from the elution solution (45 µL) were added to HPLC vials. Then the methanol was removed by a gentle helium flow at 70 °C. The premixed solutions (premix time five minutes) of the precursors and copper complex [Cu(OTf)₂(py)₄] dissolved in DMA was added to the HPLC vial containing [¹⁸F]fluoride and anhydrous DMA (total volume: 45 µL).

The HPLC vials were sealed and the dark blue reaction mixtures were heated up to 120 °C for 20 minutes.

Subsequently the reaction mixture was allowed to cool down to room temperature and the solution was five-fold diluted with mixture of water and acetonitrile (1:1). The radiochemical conversions (RCCs) were determined by using UHPLC (*system* 7, UHPLC 25–75) and radio-TLC (normal phase TLC: DCM/MeOH 85:15). The RCCs were calculated as described above. The respective Si-rhodamines **103a** or **103b** were used as non-radioactive reference compounds for the radiofluorinated compound [¹⁸F]**103a** and [¹⁸F]**103b** in UHPLC (*system* 7, UHPLC 25–75) and radio-TLC (25–75) and radio-TLC analyses (normal phase TLC: DCM/MeOH 85:15). The

following tables show the conditions and the radiochemical conversions calculated from radio-HPLC and radio-TLC.

Entry	Precursor	Solvent	Time	Temperature	Total reaction	Precursor: Copper(II) complex	RCC	RCC
			[min]	[°C]	volume [µL]	[amount]	(HPLC)	(TLC)
1	100a	DMA	20	120	45	1 (0.4 µmol):1 (0.4 µmol)	-	12%
2		DMA	20	120	45	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	16%	12%
3		DMA	20	120	45	1 (0.4 μmol):5 (2.0 μmol)	19%	16%
4		DMA	20	120	45	4 (1.6 µmol):1 (0.4 µmol)	-	4%
5		DMA	20	120	30	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	-	15%
6	100b	DMA	20	120	30	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	-	0%
7	100c	DMA	20	120	30	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	-	0%

Table 2: Elution with tetraethylammonium bicarbonate in *n*-butanol.

Table 3: Elution with tetraethylammonium bicarbonate in methanol followed by evaporation of the solvent.

Entry	Precursor	Solvent	Time	Temperature	Total reaction	Precursor: Copper(II)	RCC	RCC
			[min]	[°C]	volume [µL]	complex [amount]	(HPLC)	(TLC)
1	100a	DMA	20	120	45	1 (0.4 µmol):1 (0.4 µmol):	-	0%
2		DMA	20	120	45	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	6%	8%
3		DMA	20	120	45	1 (0.4 µmol):5 (2.0 µmol)	10%	10%
4		DMA	20	120	45	4 (1.6 µmol):1 (0.4 µmol)	-	0%

Table 4: Elution with KOTf/K₂CO₃ followed by azeotropic drying.

Entry	Precursor	Solvent	Time	Temperature	Total reaction	Precursor: Copper(II) complex	RCC	RCC
			[min]	[°C]	volume [µL]	[amount]	(HPLC)	(TLC)
1	100a	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	35%	-
2		DMI	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	70%	70%
3	100b	DMI	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	48%	-
4		DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-
5	100c	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-
6	1	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-
7		DMI	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-

Table 5: Elution with $KOTf/K_2CO_3$ followed by azeotropic drying and $[Cu(OTf)_2(impy)_4]$ as copper source.

Entry	Precursor	Solvent	Time	Temperature	Total reaction	Precursor: Copper(II) complex	RCC	RCC
			[min]	[°C]	volume [µL]	[amount]	(HPLC)	(TLC)
1	100a	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	18%	23%
2		DMI	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	14%	24%
3	100b	DMI	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-



 Table 6: Elution with KOTf/K2CO3 followed by azeotropic drying.

Entry	Precursor	Solvent	Time [min]	Temperature [°C]	Total reaction volume [µL]	Precursor: Copper(II) complex [amount]	RCC (HPLC)	RCC (TLC)
1	96	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-
2	96	DMI	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	0%	-

5.3.2.3 Determination of the isolated radiochemical yield

Elution with 4-(dimethylamino)-pyridinium triflate:

To determine the radiochemical yield a weak anion exchange cartridge (WAX 1cc, 30 mg, oasis[®], watersTM) was preconditioned with 2-propanol (1 mL). After the preconditioning step the cartridge was dried by flushing nitrogen for two minutes. Then the [¹⁸F]fluoride (ca. 400 MBq in 0.4 mL) was trapped on the WAX cartridge by passing the aqueous [¹⁸F]fluoride solution from the female side through the cartridge. Afterwards the cartridge was washed with 2-propanol (1 mL) and was dried by a gentle stream of nitrogen for three minutes. The [¹⁸F]fluoride was eluted from the WAX cartridge from the female side using a solution of 4-(dimethylamino)-pyridinium triflate (DMAPH⁺OTf⁺, 6.8 mg, 25 µmol) in DMA (500 µL; elution efficiency: >80%). Subsequently an aliquot (20 µL) of the eluate containing [¹⁸F]fluoride was added to the HPLC vial. The precursor (0.4 µmol, final concentration: 10 mM, 10 µL) and the copper complex [Cu(OTf)₂(py)₄] (1.6 µmol; final concentration: 40 mM, 10 µL) dissolved in DMA were added to the HPLC vial containing [¹⁸F]fluoride. The total reaction volume for the radiofluorination step was 40 µL. The HPLC vial was sealed and the blue solution was heated then to 120 °C for 20 minutes.

Then the reaction mixture was allowed to cool down to room temperature and the solution was diluted with a mixture of water and acetonitrile (1:1; 2 mL). The dark blue solution was directly injected into the semi-preparative HPLC for purification. The purification was performed with an isocratic method (MeCN/H₂O+0.1% TFA 55:45, *system* 5; [¹⁸F]103a (R_{t} =38.0–40.0 min)). Afterwards the product containing fraction of [¹⁸F]103a was collected, diluted with water and passed through a Chromafix[®] C₁₈ ec (s) cartridge (270 mg, previously conditioned with ethanol (10 mL) and deionized water (10 mL)). Subsequently the cartridge was washed with deionized

water (ca. 8 mL). Then a solution of acetonitrile with TFA (+0.1%) as additive (2 mL) was used for elution of [¹⁸F]103a from cartridge. The solvent was evaporated at 80 °C to obtain [¹⁸F]103a.

		``	,	, , , ,	``	/	
Entry	Precursor	Solvent	Time	Temperature	Total reaction	Precursor: Copper(II) complex	RCY±SD
			[min]	[°C]	volume [µL]	[amount]	(number of
							experiments)
1	103a	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	14.0±0.3% (<i>n</i> =3)

Table 7: Elution with 4-(dimethylamino)-pyridinium triflate (DMAPH+OTf-) in DMA.

Elution with KOTf/K₂CO₃ and azeotropic drying:

To determine the radiochemical yield a quaternary methyl ammonium (QMA light, 46 mg, watersTM) cartridge was preconditioned with an aqueous solution of sodium bicarbonate (1 M, 10 mL) and with water (10 mL). Then [¹⁸F]fluoride (ca. 500 MBq in 0.5 mL) was trapped on a QMA light cartridge by passing the aqueous [¹⁸F]fluoride solution from the female side through the cartridge. The [¹⁸F]fluoride was eluted from the QMA cartridge with a solution of potassium triflate (KOTf, 5 mg, 26.6 µmol) and potassium carbonate (K₂CO₃, 50 µg, 362 nmol) in acetonitrile (1 mL) and deionized water (0.5 mL). The elution efficiency was over 88%. Afterwards an aqueous aliquot of [¹⁸F]fluoride (180 µL; 1.20 GBq) was taken and was added to a HPLC vial. The aqueous solution was dried in sealed vials at 130 °C under a helium flow for three minutes. The HPLC vial was allowed to cool down to room temperature. Then a premixed solution (premix time five minutes) of precursor (10 µL, 0.4 µmol, final concentration: 10 mM), copper complex [Cu(OTf)₂(py)₄] or [Cu(OTf)₂(impy)₄] (10 µL, 1.6 µmol; final concentration: 40 mM) and DMA or DMI (20 µL) was added to the HPLC vial containing [¹⁸F]fluoride.

Afterwards the reaction mixture was allowed to cool down to room temperature and the solution was diluted with a mixture of water and acetonitrile (1:1, 2 mL). The dark blue reaction mixture was directly injected into the semi-preparative HPLC. The purification was performed with an isocratic method (MeCN/H₂O+0.1% TFA 55:45, *system* 5; [¹⁸F]103a (R_{i} =38.0–40.0 min or [¹⁸F]103b (R_{i} =39.0–41.5 min)). The collected fractions of [¹⁸F]103a or [¹⁸F]103b were diluted with water and passed through a Chromafix[®] C₁₈ ec (s) cartridge (270 mg, conditioned with ethanol (10 mL) and water (10 mL)). The cartridge was washed with deionized water (ca. 8 mL). Then a solution of acetonitrile with TFA (+0.1%) as additive (2 mL) was used for elution of [¹⁸F]103a or [¹⁸F]103b from cartridge. The solvent was evaporated for [¹⁸F]103a at 80 °C and for [¹⁸F]103b at 55 °C under reduced pressure and a gentle flow of helium to complete dryness. For *in vitro* stability studies, [¹⁸F]103a or [¹⁸F]103b were dissolved in anhydrous ethanol.

Entry	Precursor	Solvent	Time	Temperature	Total reaction	Precursor: Copper(II) complex	RCY±SD
			[min]	[°C]	volume [µL]	[amount]	(number of
							experiments)
1	103a	DMA	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	25±4% (<i>n</i> =3)
2		DMI	20	120	40	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	34±1% (<i>n</i> =2)
3		DMI	20	120	200	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	54±1% (<i>n</i> =2)
4	103b	DMI	20	120	120	1 (0.4 µmol):4 (1.6 µmol)	33% (<i>n</i> =1)

Table 8: Elution with KOTf/K₂CO₃ and azeotropic drying.

The proof of identity of [¹⁸F]103a or [¹⁸F]103b was carried out by comparing both HPLC traces from the radioactive and the non-radioactive reference compounds **103a** or **103b**. In Figure 3 to Figure 6 the corresponding HPLC chromatograms are shown.



Figure 3: Proof of identity of Si-rhodamine [¹⁸**F**]**103a** and [¹⁸**F**]**103b** via HPLC analysis by applying an isocratic HPLC method (*system* 7, HPLC 55 iso). a) Normalized HPLC chromatogram of the radiofluorinated Si-rhodamine [¹⁸**F**]**103a** ([*γ*-detection; intensity (cps)], retention time: 8.37 min). b) HPLC chromatogram of the corresponding radioactive Si-rhodamine [¹⁸**F**]**103a** NIR channel ([650 nm], retention time: 8.21 min). c) Normalized HPLC chromatogram of the non-radioactive reference Si-rhodamine **103a** ([NIR, 650 nm], retention time: 8.17 min). d) Normalized HPLC chromatogram of the radiofluorinated Si-rhodamine [¹⁸**F**]**103b** ([*γ*-detection; intensity (cps)], retention time: 7.77 min). e) HPLC chromatogram of the corresponding radioactive Si-rhodamine [¹⁸**F**]**103b** in NIR channel ([650 nm], retention time: 7.59 min). f) Normalized HPLC chromatogram of the non-radioactive reference Si-rhodamine **103b** ([NIR, 650 nm], retention time: 7.60 min).



Figure 4: Proof of identity of Si-rhodamine [¹⁸**F**]**103a** via HPLC analysis by applying an isocratic HPLC method (HPLC method: *system* 7, 25–75). a) HPLC chromatogram of the radiofluorinated Si-rhodamine [¹⁸**F**]**103a** ([γ-detection; intensity (cps)], retention time: 22.0 min). b) HPLC chromatogram of the non-radioactive reference compound Si-rhodamine **103a** ([NIR, absorption at 650 nm], retention time: 21.7 min).



Figure 5: Confirmation of identity of Si-rhodamine [¹⁸**F**]**103b** via HPLC analysis by applying an isocratic HPLC method (HPLC method: *system* 7, 25–75). a) HPLC chromatogram of the radiofluorinated Si-rhodamine [¹⁸**F**]**103a** ([γ-detection; intensity (cps)], retention time: 22.6 min). b) HPLC chromatogram of the non-radioactive reference compound Si-rhodamine **103b** ([NIR, absorption at 650 nm], retention time: 22.2 min).



5.3.3 Copper-mediated radioiodination (CMRI) of precursor 100a^[348]

CAUTION: the radiolabeling with iodine-123 was performed in specific radionuclide hoods for iodine-123 with elevated exhausting filters to prevent iodine-123 spreading and contamination. The copper-mediated radioiodination (CMRI) was performed according to previously reported methods.^[314, 316, 318] Therefore a solution of precursor **100a** (130 µg, 240 nmol, final concentration: 0.8 mM) dissolved in anhydrous acetonitrile (60 µL) and the copper complex $[Cu(OTf)_2(py)_4]$ (814 µg, 1.20 µmol; final concentration: 4 mM) dissolved in methanol (240 µL) were mixed. Within two minutes the blue solution was added to an aqueous solution of [¹²³I]iodide (180 MBg Na[¹²³I]I in sodium hydroxide (0.02 M, 10 µL)). After addition the resulting blue reaction mixture was kept for 20 minutes at room temperature without stirring. Afterwards the solution was diluted with a mixture of water and acetonitrile (1:1, 1.60 mL). The blue solution was directly injected into the semi-preparative HPLC for purification. The purification was performed with a linear gradient method (25-75% MeCN/H2O with constant 0.1% v/v TFA as additive, system 6, $R_{=30-31}$ min). The collected fraction containing [¹²³I]109 was diluted with deionized water (20 mL) and was trapped on a Chromafix[®] C₁₈ ec (s) cartridge (270 mg, previously conditioned with ethanol (10 mL) and water (10 mL)). Subsequently the cartridge was washed with deionized water (ca. 5 mL). Then a solution of acetonitrile with TFA (+0.1%) as additive (2 mL) was used for elution of [¹²³I]109 from cartridge. The solvent was evaporated under reduced pressure at 80 °C with an additional flow of nitrogen to complete dryness. The isolated radioiodinated Si-rhodamine [¹²³]109 (with radiochemical purity of 96%) was redissolved in ethanol to determine the molar activity and the partition coefficient logD at pH=7.[309, 351] The determined radiochemical purity was between 80% and 96% with a radiochemical yield of 54±5% (n=2).

Remark: the radiochemical purity after HPLC purification and SPE was over 99%. However, after evaporation of the solution in acetonitrile containing 0.1% TFA as additive at different temperatures (50 °C and 70 °C) showed a decrease in radiochemical purity indicating instability during the evaporation step at higher temperatures. The thermal instability was noticed in HPLC measurements (Figure 6 to Figure 9).

Analytical radio-HPLC analysis of [¹²³I]109 after semi-preparative HPLC purification (*system* 7, HPLC 25–75) with RCP>99%:



Figure 6: Analytical radio-HPLC chromatogram of $[^{123}I]109$ ([γ -detection], R_t =25.6 min) after semipreparative HPLC purification with a radiochemical purity over 99% (*system* 7, HPLC 25–75).

Analytical radio-HPLC of [¹²³I]109 analysis after SPE (system 7, HPLC 25–75) with RCP>99%:



Figure 7: Analytical radio-HPLC chromatogram of $[^{123}I]109$ ([γ -detection], R_1 =25.2 min) after SPE with a radiochemical purity over 99% (*system* 7, HPLC 25–75).

Analytical radio-HPLC analysis of [¹²³I]109 after evaporation at 50 °C (*system* 7, HPLC 25–75) with RCP of 92%:



Figure 8: Analytical radio-HPLC chromatogram of $[1^{23}I]109$ ([γ -detection], R_t =25.2 min) after an evaporation step at 50 °C with a radiochemical purity of 92% and minor byproducts (*system* 7, HPLC 25–75).

Analytical radio-HPLC analysis of [¹²³I]109 after evaporation at 70 °C (*system* 7, HPLC 25–75) with RCP of 81%:



Figure 9: Analytical radio-HPLC chromatogram of $[^{123}I]109$ ([γ -detection], $R_t=25.2$ min) after an evaporation step at 70 °C with a radiochemical purity of 81% and minor byproducts (*system* 7, HPLC 25–75).





CAUTION: the radiolabeling with iodine-123 was performed in specific radionuclide hoods for iodine-123 with elevated exhausting filters to prevent iodine-123 spreading and contamination. The copper-mediated radioiodination (CMRI) was performed according to previously reported methods.^[314, 316, 318] A solution of precursor **118** (301 µg, 400 nmol, final concentration: 0.8 mM) was dissolved in anhydrous acetonitrile (100 µL) and the copper complex [Cu(OTf)₂(py)₄] (1.36 mg, 2.00 µmol; final concentration: 4 mM) was dissolved in anhydrous methanol (400 µL). Both solutions were mixed with each other (total volume: 500 µL) and were added within one minute to an aqueous solution of [¹²³I]iodide (115 MBq Na[¹²³I]I in sodium hydroxide (0.02 M, 10 µL)). After addition the resulting blue reaction mixture was kept without stirring for 20 minutes at room temperature. Afterwards the solution was diluted with deionized water (3 mL) and was trapped on a Chromafix[®] C₁₈ ec (s) cartridge (270 mg, previously conditioned with ethanol (10 mL) and water (10 mL)). The cartridge was washed with deionized water (ca. 5 mL) and was flushed by air (5 mL) to dry the cartridge. Then a solution of acetonitrile with TFA (+0.1%) as additive (2 mL) was used for elution of [1231]128 from cartridge. The solvent was evaporated under reduced pressure at 70 °C with an additional flow of nitrogen to complete dryness. The residue was dissolved in anhydrous acetonitrile for further conjugation reactions. The radiochemical conversion was over 93% and an average radiochemical yield of $73\pm5\%$ (*n*=3) was obtained.





The radioiodinated PFP-ester [¹²³I]128 which was dissolved in anhydrous acetonitrile (3 μ L with ca. 2.4 MBq, ca. 24.0 μ mol) was added to a solution of PBS (*pH*=8.8; 50 μ L), the primary amine 4-methylbenzylamine (129) (13.3 μ g, 110 μ mol, 4.58 eq.) dissolved in anhydrous DMSO (50 μ L) and a mixture of deionized water and acetonitrile (1:1; 197 μ L). The reaction mixture was warmed up to 60 °C and was kept at this temperature for 20 minutes. Finally the reaction mixture was subjected to analytical radio-HPLC (*system* 7, HPLC 45–95) which revealed a radiochemical conversion of 83% (*n*=1).

• Conjugation with indomethacin derivative 131



The radioiodinated PFP-ester [¹²³I]128 which was dissolved in anhydrous acetonitrile (3 μ L with ca. 2.4 MBq, ca. 24.0 μ mol) was added to a solution of PBS (*pH*=8.8; 50 μ L), the indomethacin derivative **131** (51.1 μ g, 110 μ mol, 4.58 eq.) as primary amine dissolved in anhydrous DMSO (50 μ L) and a mixture of deionized water and acetonitrile (1:1; 197 μ L). The reaction mixture was warmed up to 60 °C and was kept at this temperature for 20 minutes. Finally the reaction mixture was subjected to analytical radio-HPLC (*system* 7, HPLC 45–95) which revealed a radiochemical conversion of 76% (*n*=1).

217

• Conjugation with PSMA-1007 precursor 134



The radioiodinated PFP-ester [¹²³I]128 which was dissolved in anhydrous acetonitrile (3 μ L with ca. 6.8 MBq, ca. 9.60 μ mol) was added to a solution of anhydrous THF (192 μ L), the PSMA-1007 precursor 133 (13.3 μ g, 110 μ mol, 11.5 eq.) as primary amine dissolved in anhydrous DMF (50 μ L) and DIPEA (81.5 μ g, 634 μ mol, 66 eq.). The reaction mixture was warmed up to 60 °C and was kept at this temperature for 40 minutes. Finally the reaction mixture was subjected to analytical radio-HPLC (*system* 7, HPLC 45–95) and a radiochemical conversion of 64% was observed (*n*=1). In an initial purification step [¹²³I]134 was purified by radio-HPLC (45–95% MeCN/H2O, linear gradient in 33 minutes, with constant 0.1% v/v TFA additive, *system* 6, *R*=26–28 min).

5.3.5 Determination of the molar activity

For the determination of the molar activity from the radiolabeled Si-rhodamines [¹⁸F]103a, [¹⁸F]103b and [¹²³I]109 various calibration curves of the corresponding non-radioactive reference compounds 103a, 103b or 109 were recorded by injection of different amounts of the reference compounds between 10–5000 femtomole on column into the HPLC. The area under the curve resulting from the fluorescence signals of the HPLC (excitation: λ_{exc} =600 nm; emission: λ_{em} =640 nm) was correlated to the injected amount of substance and fitted to a linear regression model (Figure 11). The measurements were performed with an isocratic HPLC method (system 7, HPLC 55 iso). The molar activity of [¹⁸F]103a, [¹⁸F]103b or [¹²³I]96 from the final product was calculated by dividing the radioactivity in GBq which was injected into the HPLC (normally between 10–100 kBq) by the calculated amount of the corresponding non-radioactive compound in µmol derived from the respective fluorescence signal and the calibration curve (Figure 11).



Figure 10: Various amounts of the non-radioactive Si-rhodamine as reference compound **103a** were injected into the HPLC and the corresponding emission chromatograms to determine the molar activity. Here molar amounts of 10 fmol to 5000 fmol were injected into the HPLC. The HPLC spectra were recorded by using the fluorescence detection (λ_{exc} =600 nm; λ_{em} =640 nm) with an isocratic HPLC method (*system* 7, HPLC 55 iso).



Figure 11: Calibration line for the determination of the molar activity as exemplary demonstrated for **103a**. Measured and integrated fluorescence detection (area under curve) of multiple dilution series interpolated with the amounts in femtomole of the non-radioactive reference compound **103a** and the resulting linear fit.

5.3.6 Determination of the partition coefficients of the radiolabeled Sirhodamines

The partition coefficients of the radiochemical pure Si-rhodamines ^{99m}Tc-78, [¹⁸F]103a, [¹⁸F]103b and [¹²³I]109 were determined in PBS (*pH*=7.4) and *n*-octanol at room temperature using the shake flask method.^[309, 351]

For this purpose the technetium-99m complex **78** (20 μ L with 2 MBq) dissolved in ethanol was added into an Eppendorf vial. Afterwards PBS (*pH*=7.4; 500 μ L) and *n*-octanol (500 μ L) were added to the technetium-99m complex **78**. The two phases were mixed for 30 minutes at room temperature. Then the aqueous and organic phases were separated from each other and were centrifuged at 4000 rpm for 10 minutes. Finally, two aliquots (100 μ L) from each phase were carefully taken and the amount of radioactivity was measured by a gamma counter to determine the partition coefficient log D_{pH=7.4}.

To determine the partition coefficients of [¹⁸F]103a, [¹⁸F]103b or [¹²³I]109 (1 μ L with 1 MBq in ethanol) the respective solution was added into an Eppendorf vial containing phosphatebuffered saline (PBS, 600 μ L) and *n*-octanol (600 μ L). The mixture was vortexed for one minute at room temperature. Afterwards the organic and aqueous phases were separated by using a centrifuge (5 minutes, 4 °C; 13.200 rpm) and an aliquot from the *n*-octanol phase was taken (400 μ L) and was added then to another Eppendorf vial containing PBS (400 μ L). Again, the vial was vortexed for two minutes. Subsequently the phases were separated again by using the centrifuge (5 minutes, 4 °C; 13.200 rpm). Finally, two aliquots (250 μ L) from each phase were taken and the radioactive decay was counted by using a borehole detector.

The log*D* value at pH=7.4 was calculated for the radiolabeled Si-rhodamines by using the following equation:

$$\log D_{\rm pH=7.4} = \log_{10} \frac{A_{\rm oct}}{A_{\rm PBS}} \tag{4}$$

A_{oct} describes the decay corrected counts per second from the *n*-octanol phase and the A_{PBS} stands for the decay corrected counts per second from the aqueous phosphate-buffered-saline (PBS) phase.

The reported value is the average between two and ten measurements.

$$\begin{split} &\log D_{\text{pH=7.4}} \; (\text{9}^{9\text{m}}\text{Tc-78}) = 1.11 \pm 0.02 \; (n=10) \\ &\log D_{\text{pH=7.4}} \; (\text{[}^{18}\text{F}\text{]}\mathbf{103a}) = 2.92 \pm 0.32 \; (n=3) \\ &\log D_{\text{pH=7.4}} \; (\text{[}^{18}\text{F}\text{]}\mathbf{103b}) = 3.22 \pm 0.18 \; (n=2) \\ &\log D_{\text{pH=7.4}} \; (\text{[}^{123}\text{I}\text{]}\mathbf{109}) = 3.48 \pm 0.29 \; (n=3). \end{split}$$

5.3.7 Stability tests of complex 78, [¹⁸F]103a and [¹⁸F]103b in saline and human serum

The *in vitro* stability of the purified pure technetium-99m complex **78** was determined in human serum. The technetium-99m complex **78** (50 μ L) dissolved in PBS/EtOH (5%) was added to human serum (500 μ L) and at several time points up to 24 hours the stability was evaluated at room temperature and at 37 °C. The stability was monitored after different time points by radio-TLC (monitored by reverse phase TLC: water/acetic acid 95:5). The degree of degradation was analyzed by comparison of the increasing amount of free pertechnetate on reverse phase TLC.

In vitro stability studies of [¹⁸F]**103a** and [¹⁸F]**103b** were determined either in a solution of isotonic saline (0.9%) or in human serum. The Si-rhodamine [¹⁸F]**103a** or [¹⁸F]**103b** dissolved in ethanol (20 μ L) was added to saline (380 μ L) or human serum (380 μ L). Then the solutions were incubated at room temperature or at 37 °C for up to 120 minutes. The stability in saline was monitored after different time points by radio-HPLC HPLC (*system* 7, HPLC 55 iso).

For samples which were incubated in human serum, aliquots were withdrawn after several time points, five-fold diluted and precipitated with acetonitrile, centrifuged and supernatants were separated and analyzed by HPLC. The stability was analyzed by analytical radio-HPLC (*system* 7, HPLC 55 iso). The degree of degradation was analyzed by integration of the area of [¹⁸F]103a or [¹⁸F]103b and the respective peaks of newly formed side products. The byproducts were not further characterized.

5.4 Determination of the optical properties of the Si-rhodamines

To determine the optical properties of the Si-rhodamines the dyes were dissolved in dry dimethyl sulfoxide (DMSO) to obtain a stock solution. The solutions were stored under argon atmosphere. The concentrations of the dark blue stock solutions were kept between 1.8 mM to 2.0 mM. The samples were measured directly in DMSO, in H₂O/EtOH (5%) or mixtures of DMSO in PBS with *pH*=7.4 starting from the prepared stock solutions. The final concentrations of all the stock solutions were kept between 0.2 μ M and 1.2 μ M. The samples in deionized water or PBS did not exceed 1% v/v of DMSO in the final solutions. The extinction coefficients of the absorbance maximum ε_{max} were calculated in agreement with the Lambert-Beer equation (5) while the maximum concentration of the dilution series was held below 5.00 μ M:

$$E = c \cdot \varepsilon \cdot d \tag{5}$$

E means the extinction, *c* stands for the concentration, ε describes the molar absorption coefficient and *d* describes the thickness of the used cuvette (*d*= 1 cm). As an example for the determination of the molar absorption coefficient of Si-rhodamine **103a** the following plot in

DMSO is shown (Figure 12). The slope of the relation between the concentration and the respective absorption describes the molar absorption coefficient.



Figure 12: The relationship between the concentration of Si-rhodamine **103a** in DMSO and the respective absorbance for the determination of the molar absorption coefficient ε_{max} after evaluation of five different solutions.

To determine the quantum yield, the dyes were diluted in a series with corresponding maximum absorbance between 0.01 and 0.1 to avoid non-linear effects (re-absorption) effects for all the presented dyes.^[352] Therefore the highest value for absorbance was plotted against the integrated fluorescence intensity and was then fitted by using a linear regression line. The fitted values of the slopes were used for calculating the fluorescence quantum yield according to equation (6):

$$QY_{X} = QY_{S} \cdot \frac{m}{m_{ref}} \cdot \frac{\eta}{\eta_{ref}}$$
(6)

 QY_x is the unknown quantum yield and QY_s stands for the quantum yield of the reference substance $[Ru(bipy)_3]Cl_2$ in water ($\Phi_F=0.042$) or Nile Blue A in ethanol ($QY_s=0.27$), *m* and m_{ref} describe the respective slopes of the linear fit of the integrated emission and η and η_{ref} stand for the refractive index of the corresponding solvent.^[238, 299] An example plot to acquire the required data for the calculation of the quantum yield of Si-rhodamine **103a** in DMSO is shown in Figure 13.



Figure 13: Relation between the absorption and the area under the curve from the corresponding fluorescence spectra of four samples to exemplary determine the quantum yield of Si-rhodamine **103a** in DMSO.

5.5 Determination of the partition coefficient of 134 via absorption measurements

The partition coefficient of the Si-rhodamine **134** was determined by using the shake flask method in PBS (*pH*=7.4) and *n*-octanol at room temperature following a reported method.^[337-338] The measurements were performed based on the absorption properties of the Si-rhodamine **134**. A solution of **134** in anhydrous DMSO (100 μ M; 10 μ L) was added to PBS (*pH*=7.4; 500 μ L). Then the absorption was determined by using the UV-Vis-NIR device. Afterwards *n*-octanol (500 μ L) was added to the aqueous phase and the mixture was vortexed for three minutes at room temperature. Then the organic and aqueous phases were separated by using a centrifuge (2 minutes, at rt). After centrifugation the PBS phase (400 μ L) was analyzed via UV-Vis-NIR and the concentration of **134** in PBS was calculated by using the Lambert-Beer equation (5). The following equation was used to calculate the partition coefficient of **134**.

$$\log D_{\rm pH=7.4} = \log_{10} \frac{c_{\rm oct}}{c_{\rm PRS}} \tag{7}$$

According to (7) c_{oct} stands for the concentration of **134** of in the *n*-octanol phase and c_{PBS} stands for the concentration of **134** in the aqueous PBS phase.

5.6 Confocal laser scanning microscopy – mitochondrial colocalization experiments with PC3-cells

Confocal laser scanning microscopy was performed using PC-3 cells. The cells were cultured in GlutamaxTM high glucose Dulbecco's Modified Eagle's Medium (DMEM; GibcoTM, purchased from Thermo Fisher Scientific, Massachusetts, USA) supplemented in 10% fetal bovine serum (FBS; F7524, Sigma-Aldrich Corporation, St. Louis, USA) and penicillin/streptomycin (Biochrom A2213, 10,000 U/mL) at 37 °C in humidified air containing 5% CO₂. A day prior to the confocal laser scanning experiments the cells were seeded onto an 8-well chamber slide (µ-Slide 8 Well Plates[™], ibidi[®]; Gräfelfing, Germany) with 1.3·10⁵ cells per well. The next day, the cells were washed once with DMEM followed by a staining process with 103a and 103b (1 µM in DMEM, additive: 0.1% DMSO) for 30 minutes at 37 °C and 5% CO₂. Then the staining solution was gently removed and the cells were washed with DMEM. The cells were stained with Mitotracker Green FM[™] (100 nM in DMEM, additive: 0.1% DMSO; Thermo Fisher Scientific, Massachusetts, USA) for 20 minutes at 37 °C and 5% CO₂. After another removal and washing step with DMEM the cell nuclei were stained with Invitrogen™ Hoechst 33342 (trihydrochloride, trihydrate solution in water; 10 mg/mL; 16.2 mM). For this purpose, Hoechst 33342 was diluted for cell experiments in a ratio of 1:20.000 with DMEM, purchased from Thermo Fisher Scientific, Massachusetts, USA) and cells were incubated for 30 minutes at 37 °C and 5% CO₂. The staining solution was removed and the cells were washed then with DMEM and the samples were measured with confocal laser scanning microscopy within one hour. The excitation wavelength for the SiRs was 635 nm (laser power: 5% for SiR **103a** and 6% for **103b**), for the Mitotracker Green FM[™] it was 488 nm (laser power: 17%) and for Hoechst 33342 the excitation was at 405 nm (laser power: 3%). Images were taken in sequential mode using Kalman average of three scans.^[348] The Pearson's correlation coefficients (PCC) were calculated according to the ImageJ plugin JACoP.^[353]

5.7 Fluorescent binding assay

The fluorescent binding assay was performed by Dr. Cornelius Donat (Helmholtz-Zentrum Dresden-Rossendorf, Institute for Radiopharmaceutical Cancer Research, Department for Translational TME-Ligands) on a Typhoon[™] FLA 9500 (GE Healthcare, Boston, USA) imaging system. For this purpose a wild-type LNCaP cell line was cultivated in cell culture flasks (75x175 mm²) in Roswell Park Memorial Institute medium (RPMI 1640; Gibco[™], purchased from Thermo Fisher Scientific, Massachusetts, USA) supplemented in 10% fetal

bovine serum (FBS; F7524, Sigma-Aldrich Corporation, St. Louis, USA), penicillin/streptomycin (Biochrom A2213, 10,000 U/mL), non-essential amino acids (1%) and *L*-alanine/*L*-glutamine (1%) at 37 °C in humidified air containing 5% CO₂. Two days prior the binding assay was carried out the cultivation of the LNCaP cell line was conducted in Falcon[®] 48-well cell culture plates with 40.000 cells per well. The Si-rhodamine **134** was dissolved in PBS/EtOH (5%; 1.00 mM) and was used as stock solution and 2-phosphonomethyl pentanedioic acid (2-PMPA) was used as blocking agent (>300-fold excess).

To determine the cell binding the LNCaP cells were acclimatized on the 48-well plate to 0 °C within 15 minutes. Afterwards the cells were pretreated with a buffer solution (PBS+5% bovine serum albumin (BSA) or PBS+0.5% TritonX-100) and 2-PMPA (250 μ M) for 15 minutes. Then diluted solutions of the non-radioactive Si-rhodamine **134** (500 nM, 250 nM, 125 nM and 62.5 nM) were added to the cells and were then incubated for 90 minutes at 0 °C under light exclusion. At the same time another well plate was treated in the same manner without LNCaP cells to determine undesired binding properties from the Falcon with **134**. After 90 minutes the solutions were removed and the cells were washed with the buffer (PBS+5% bovine serum albumin (BSA) or PBS+0.25% TritonX-100). Then the cells were treated with lysis buffer (0.1 M NaOH+1% sodium dodecyl sulfate (SDS)) under exclusion of light for 30 minutes. Subsequently 200 μ L of each well were transferred into a 96-well plate containing a transparent bottom. Finally, the resulting fluorescence of each well was detected with the imaging system (TyphoonTM FLA 9500, short wave infrared, PMT 500, 25 μ m pixels) and the resulting data was analyzed with the Quantity One and GraphPad Prism 9 software.

5.8 Determination of half-maximal inhibitory concentration (IC50)

A wild-type LNCaP cell line was cultivated in cell culture flasks (75x175 mm²) in RPMI 1640 medium (Gibco[™], purchased from Thermo Fisher Scientific, Massachusetts, USA) supplemented in 10% fetal bovine serum (FBS; F7524, Sigma-Aldrich Corporation, St. Louis, USA), penicillin/streptomycin (Biochrom A2213, 10,000 U/mL), non-essential amino acids (1%) and *L*-alanine/*L*-glutamine (1%) at 37 °C in humidified air containing 5% CO₂. Four days prior the binding assay was performed the cultivation of the LNCaP cell line was conducted in Falcon[®] 48-well cell culture plates with 40.000 cells per well. The Si-rhodamine **134** was dissolved in PBS/EtOH (5%; 1.00 mM) and was used as stock solution and 2-PMPA dissolved in PBS containing bovine serum albumin (5%) was used as blocking agent with different concentrations (50 mM, 12.5 mM, 6.25 mM, 3.13 mM, 1.56 mM, 0.78 mM, 0.39 mM, 0.20 mM).

The cells were acclimatized on the 48-well plate to 4 °C within 15 minutes. Afterwards the cells were pretreated with the buffer solution PBS containing BSA (5%) and different concentrations

of 2-PMPA for 15 minutes. Then a diluted solution of the non-radioactive Si-rhodamine **134** (125 nM) was added to the cells and was then incubated for 90 minutes at 4 °C under light exclusion. At the same time another well plate was treated in the same manner without LNCaP cells to determine undesired binding properties from the Falcon with **134**. After 90 minutes the solutions were removed and the cells were washed twice with the buffer solution for one minute at 4 °C. Then the cells were treated with lysis buffer (0.1 M NaOH+1% SDS) for 30 minutes under light exclusion. Subsequently 200 μ L of each well were transferred into a 96-well plate containing a transparent bottom. Finally, the resulting fluorescence of each well was detected with the imaging system (TyphoonTM FLA 9500, short wave infrared, PMT 500, 25 μ m pixels). The resulting data was analyzed with the Quantity One software and was plotted in a nonlinear relationship then by using GraphPad Prism 9.

5.9 In vitro fluorescence detection of stained tissue

Different types of tissue (LNCaP wild-type tumor tissue, PC-3 tumor tissue and muscle tissue) were removed from mice (NMRI-Foxn1-nude) and were flash frozen in 2-methylbutane with dry ice (ca. -50 °C). Then the frozen tissue was sliced into 12 µm thick pieces via the Leica cryomicrotome. Afterwards the tissue on the microscope slide was acclimatized to room temperature for nearly 15 minutes. Subsequently, the different tissues were incubated with a solution of buffer (tris(hydroxymethyl)aminomethane(tris)-HCI (170 mM; pH=7.4), bacitracin (40 µg/mL), MgCl₂ (5 mM), 1% BSA or PBS+0.5% BSA) for 15 minutes at room temperature. Then the non-radioactive Si-rhodamine 134 in PBS+5% EtOH (10 µM) and 2-PMPA (3.00 mM) were added to the tissue and were incubated for 90 minutes at room temperature under light exclusion. Afterwards the tissues were washed with the buffer two times with five minutes washing step each (tris-HCl (170 mM; pH=7.4), MgCl₂ (5 mM)+0.25% BSA) and PBS+ 0.5% BSA) and another washing step with deionized water for one further minute. After the washing process the tissues were dried under air and the remaining fluorescence was detected with the imaging system (Typhoon[™] FLA 9500, short wave infrared, PMT 500, 25 µm pixels) and the resulting images were analyzed with the Quantity One and GraphPad Prism 9 software.[354-355]

5.10 In vivo/ex vivo mice experiments

Into the right shoulder of NMRI-Foxn1-nude mice (type: CrI:NMRI-Foxn1^{nu}, n=2) LNCaP wildtype tumor xenografts (number of cells: 5.00×10^6) were inoculated and the tumor was allowed to gradually grow for about four weeks. After a minimum of a tumor size of 5 mm the mice were narcoticized with desflurane (10–12%) in oxygen. The non-radioactive Si-rhodamine **134** (ca. 100 µg; stock solution: 1.00 mM in PBS+5% EtOH, 64.2 µL, 64.2 nmol) was injected into the right or left venae cavae. Then the distribution of the conjugated dye **134** was visualized after several time points (up to 25 hours) with the imaging system (TyphoonTM FLA 9500, short wave infrared, PMT 500, λ_{ex} =640 nm; λ_{em} =670 nm) and the images were analyzed with the Quantity One software. After 25 hours one mice was sacrificed and several tissues (tumor, liver, kidney and muscle) were removed from mice for analysis. The tissues were flash frozen in 2-methylbutane with dry ice (ca. –50 °C). Then the frozen tissue was sliced into 12 µm thick pieces via the Leica cryomicrotome. Finally, for *ex vivo* studies the remaining fluorescence on the tissues was detected with the imaging system (TyphoonTM FLA 9500, short wave infrared, PMT 500, 25 µm pixels) and the resulting images were analyzed with the Quantity One and GraphPad Prism 9 software.

.

6. Anhang



Abbildung 33: ¹³C-NMR-Spektrum von 56 in Chloroform-d (101 MHz, 300 K).

110 100 f1 (ppm)



Abbildung 35: ¹³C-NMR-Spektrum von 48 in Chloroform-d (151 MHz, 300 K).


Abbildung 37: ¹³C-NMR-Spektrum von 88 in Chloroform-d (101 MHz, 300 K).



Abbildung 39: ¹³C-NMR-Spektrum von 58 in Methanol-d₄ (151 MHz, 300 K).



f1 (ppm)

Abbildung 41: ¹³C-NMR-Spektrum von **61c** in Methanol- d_4 (151 MHz, 300 K).



Abbildung 43: ¹³C-NMR-Spektrum von **62c** in Methanol-*d*₄ (151 MHz, 300 K).



Abbildung 45: ¹³C-NMR-Spektrum von 67c in Methanol-*d*₄ (151 MHz, 300 K).



Abbildung 47: ¹³C-NMR-Spektrum von 28 in Chloroform-d (101 MHz, 300 K).



Abbildung 49: ¹³C-NMR-Spektrum von 74 in Chloroform-d (101 MHz, 300 K).



Abbildung 51: ¹³C-NMR-Spektrum von 91 in Methanol-d₄ (101 MHz, 300 K).



Abbildung 53: ¹³C-NMR-Spektrum von 92 in Methanol-d₄ (101 MHz, 300 K).



Abbildung 55: ¹³C-NMR-Spektrum von 72 in Chloroform-d (101 MHz, 300 K).



Abbildung 57: ¹³C-NMR-Spektrum von 73 in Methanol-*d*₄ (101 MHz, 300 K).



Abbildung 59: ¹³C-NMR-Spektrum von 74 in Methanol-*d*₄ (101 MHz, 300 K).



Abbildung 61: ¹³C-NMR-Spektrum von **76** in Methanol-*d*₄ (151 MHz, 300 K).







Abbildung 63: ¹³C-NMR-Spektrum von **77** in Methanol-*d*₄ (101 MHz, 300 K).



Abbildung 64: ¹H-NMR-Spektrum von 99a in Chloroform-d (400 MHz, 300 K).



Abbildung 65: ¹³C-NMR-Spektrum von 99a in Chloroform-d (101 MHz, 300 K).



Abbildung 67: ¹³C-NMR-Spektrum von 99b in Chloroform-d (101 MHz, 300 K).



Abbildung 68: ¹H-NMR-Spektrum von **99c** in Chloroform-*d* (400 MHz, 300 K).



Abbildung 69: ¹³C-NMR-Spektrum von **99c** in Chloroform-*d* (101 MHz, 300 K).



Abbildung 70: ¹H-NMR-Spektrum von **100a** in Methanol-*d*₄ (400 MHz, 300 K).



Abbildung 71: ¹³C-NMR-Spektrum von **100a** in Methanol-*d*₄ (101 MHz, 300 K).





Abbildung 72: ¹¹B-NMR-Spektrum of **100a** in Methanol-*d*₄ (192 MHz, 300 K).



Abbildung 73: ¹H-NMR-Spektrum von **100b** in Methanol-*d*₄ (400 MHz, 300 K).



Abbildung 75: ¹¹B-NMR-Spektrum von **100b** in Methanol-*d*₄ (192 MHz, 300 K).



Abbildung 77: ¹³C-NMR-Spektrum von **100c** in Methanol- d_4 (101 MHz, 300 K).



Abbildung 79: ¹H-NMR-Spektrum von 96 in Chloroform-d (400 MHz, 300 K).



Abbildung 81: ¹¹B-NMR-Spektrum von **96** in Chloroform-*d* (128 MHz, 300 K).



Abbildung 83: ¹³C-NMR-Spektrum von **103a** in Methanol-*d*₄ (101 MHz, 300 K).



30 20 10 0 -10 -20 -30 -40 -50 -60 -70 -80 -90 -100 -110 -120 -130 -140 -150 -160 -170 -180 -190 -200 f1 (ppm)

Abbildung 84: ¹⁹F-NMR-Spektrum von **103a** in Methanol-*d*₄ (376 MHz, 300 K).







Abbildung 86: ¹³C-NMR-Spektrum von **103b** in Methanol-*d*₄ (101 MHz, 300 K).



Abbildung 87: ¹⁹F-NMR-Spektrum von **103b** in Methanol-*d*₄ (376 MHz, 300 K).



Abbildung 88: ¹H-NMR-Spektrum von **103c** in Chloroform-*d* (400 MHz, 300 K).



Abbildung 89: ¹³C-NMR-Spektrum von **103c** in Chloroform-*d* (101 MHz, 300 K).



Abbildung 90: ¹⁹F-NMR-Spektrum von **103c** in Chloroform-d (376 MHz, 300 K).



Abbildung 91: ¹H-NMR-Spektrum von **108** in Methanol- d_4 (400 MHz, 300 K).



Abbildung 92: ¹³C-NMR-Spektrum von **108** in Methanol-*d*₄ (101 MHz, 300 K).



Abbildung 93: ¹H-NMR-Spektrum von **109** in Chloroform-*d* (400 MHz, 300 K).



Abbildung 94: ¹³C-NMR-Spektrum von **109** in Chloroform-*d* (101 MHz, 300 K).



Abbildung 95: ¹H-NMR-Spektrum von **115** in Chloroform-*d* (400 MHz, 300 K).



Abbildung 97: ¹H-NMR-Spektrum von **120** in Chloroform-*d* (400 MHz, 300 K).



Abbildung 99: ¹H-NMR-Spektrum von **121** in Chloroform-*d* (400 MHz, 300 K).







Abbildung 103: ¹H-NMR-Spektrum von 123 in Chloroform-*d* (400 MHz, 300 K).



Abbildung 105: ¹H-NMR-Spektrum von **110** in Methanol-*d*₄ (400 MHz, 300 K).



Abbildung 107: ¹H-NMR-Spektrum von 118 in Methanol-*d*₄ (400 MHz, 300 K).










Abbildung 109: ¹¹B-NMR-Spektrum von **118** in Methanol-*d*₄ (128 MHz, 300 K).



Abbildung 111: ¹H-NMR-Spektrum von **124** in Methanol-*d*₄ (400 MHz, 300 K).



Abbildung 113: ¹H-NMR-Spektrum von **128** in Methanol-*d*₄ (400 MHz, 300 K).







Abbildung 117: ¹³C-NMR-Spektrum von **130** in Methanol-*d*₄ (101 MHz, 300 K).



Abbildung 119: ¹³C-NMR-Spektrum von 132 in Chloroform-d (101 MHz, 300 K).



Abbildung 121: 13 C-NMR-Spektrum von 134 in Methanol- d_4 (101 MHz, 300 K).

6.2 IR-Spektren



Abbildung 122: IR-Spektrum von 76 gemessen in einem Kaliumbromid-Pressling.



Abbildung 123: IR-Spektrum von 77 gemessen in einem Kaliumbromid-Pressling.



6.3 MALDI-MS-Spektrum von Si-Rhodamin 134

Abbildung 124: MALDI-MS von **134** mit *α*-Cyano-4-hydroxyzimtsäure als Matrix. Aufgenommen von Dr. Kristof Zarschler (Helmholtz-Zentrum Dresden-Rossendorf, Institut für Radiopharmazeutische Krebsforschung, Abteilung für Radionuklid-Theragnostika).



6.4 UV-Vis-NIR Spektren von ausgewählten Si-Rhodaminen

Abbildung 125: Überblick der normalisierten UV-Vis-NIR-Absorptions- und Emissionsspektren von **96** und **100a–100c** in PBS und in 0.1 M HCI (aq) bei Raumtemperatur ($\lambda_{Anregung}$ =600 nm).



Abbildung 126: Überblick der normalisierten UV-Vis-NIR-Absorptions- und Emissionsspektren von **103a–103c** und **109** in PBS bei Raumtemperatur ($\lambda_{Anregung}$ =600 nm).



Abbildung 127: Überblick der normalisierten UV-Vis-NIR-Absorptions- und Emissionsspektren von **103a–103c** und **109** in DMSO bei Raumtemperatur ($\lambda_{Anregung}=600$ nm).



Abbildung 128: Überblick der normalisierten UV-Vis-NIR-Absorptions- und Emissionsspektren von **130**, **132** und **134** in PBS bei Raumtemperatur ($\lambda_{Anregung}$ =600 nm).

7. Literatur

- [1] F. Bray, J. Ferlay, I. Soerjomataram, R. L. Siegel, L. A. Torre, A. Jemal, CA Cancer J. Clin. 2018, 68, 394–424.
- [2] J. Bruns, K. Mugele, F. Wenz, *Forum* **2019**, *34*, 512–515.
- [3] National Cancer Institute at the National Institutes of Health, <u>https://www.cancer.gov/about-cancer/treatment</u>, **aufgerufen: 19.11.2021**.
- [4] M. Dietlein, K. Kopka, M. Schmidt, *Nuklearmedizin: Basiswissen und klinische Anwendung*, Schattauer GmbH, Stuttgart, **2017**.
- [5] S. M. Ametamey, M. Honer, P. A. Schubiger, *Chem. Rev.* **2008**, *108*, 1501–1516.
- [6] D. van der Born, A. Pees, A. J. Poot, R. V. A. Orru, A. D. Windhorst, D. J. Vugts, *Chem. Soc. Rev.* 2017, 46, 4709–4773.
- [7] W. Wadsak, M. Mitterhauser, *Eur. J. Radiol.* **2010**, *73*, 461–469.
- [8] D. E. Large, J. R. Soucy, J. Hebert, D. T. Auguste, *Adv. Ther.* **2019**, *2*.
- [9] S. Liu, Mol. Pharm. 2006, 3, 472–487.
- [10] K. Vermeulen, M. Vandamme, G. Bormans, F. Cleeren, Semin. Nucl. Med. 2019, 49, 339–356.
- [11] P. W. Miller, N. J. Long, R. Vilar, A. D. Gee, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2008, 47, 8998–9033.
- [12] S. Vallabhajosula, *Molecular Imaging: Pharmacokinetics and Modeling*, Springer, Berlin, Heidelberg, **2009**.
- [13] M. Pretze, P. Grosse-Gehling, C. Mamat, *Molecules* **2011**, *16*, 1129–1165.
- [14] O. Jacobson, D. O. Kiesewetter, X. Chen, *Bioconjugate Chem.* **2015**, *26*, 1–18.
- [15] M. A. Klenner, G. Pascali, M. Massi, B. H. Fraser, *Chem. Eur. J.* **2020**.
- [16] T. Ido, C. N. Wan, V. Casella, J. S. Fowler, A. P. Wolf, M. Reivich, D. E. Kuhl, J. Label. Compd. Radiopharm. 1978, 14, 175–183.
- [17] J. S. Fowler, T. Ido, Semin. Nucl. Med. 2002, 32, 6–12.
- [18] E. K. J. Pauwels, M. J. Ribeiro, J. H. M. B. Stoot, V. R. McCready, M. Bourguignon, B. Mazière, *Nucl. Med. Biol.* **1998**, *25*, 317–322.
- [19] J. Cardinale, M. Schäfer, M. Benešová, U. Bauder-Wüst, K. Leotta, M. Eder, O. C. Neels, U. Haberkorn, F. L. Giesel, K. Kopka, *J. Nucl. Med.* **2017**, *58*, 425–431.
- [20] P. D. Shreve, Y. Anzai, R. L. Wahl, *Radiographics* **1999**, *19*, 61–77; quiz 150–151.
- [21] S. Ben-Haim, E. Kupzov, A. Tamir, O. Israel, J. Nucl. Med. 2004, 45, 1816–1821.
- [22] A. Afshar-Oromieh, J. W. Babich, C. Kratochwil, F. L. Giesel, M. Eisenhut, K. Kopka, U. Haberkorn, *J. Nucl. Med.* 2016, *57*, 79S–89S.

- [23] K. Kopka, M. Benešová, C. Barinka, U. Haberkorn, J. Babich, J. Nucl. Med. 2017, 58, 17S–26S.
- [24] J. Cardinale, M. Roscher, M. Schäfer, M. Geerlings, M. Benešová, U. Bauder-Wüst, Y. Remde, M. Eder, Z. Novakova, L. Motlova, C. Barinka, F. L. Giesel, K. Kopka, *J. Med. Chem.* 2020, 63, 10897–10907.
- S. R. Banerjee, C. A. Foss, M. Castanares, R. C. Mease, Y. Byun, J. J. Fox, J. Hilton,
 S. E. Lupold, A. P. Kozikowski, M. G. Pomper, *J. Med. Chem.* 2008, *51*, 4504–4517.
- [26] M. Eder, M. Schäfer, U. Bauder-Wüst, W. E. Hull, C. Wängler, W. Mier, U. Haberkorn,M. Eisenhut, *Bioconjugate Chem.* 2012, *23*, 688–697.
- [27] S. R. Banerjee, M. Pullambhatla, C. A. Foss, S. Nimmagadda, R. Ferdani, C. J. Anderson, R. C. Mease, M. G. Pomper, *J. Med. Chem.* 2014, *57*, 2657–2669.
- [28] E. Gourni, C. Canovas, V. Goncalves, F. Denat, P. T. Meyer, H. R. Maecke, *PLoS One* 2015, *10*, e0145755.
- [29] C. Müller, R. Schibli, *Der Nuklearmediziner* **2018**, *41*, 326–334.
- M. Mix, K. Reichel, C. Stoykow, M. Bartholoma, V. Drendel, E. Gourni, U. Wetterauer,
 W. Schultze-Seemann, P. T. Meyer, C. A. Jilg, *Eur. J. Nucl. Med. Mol. Imaging* 2018, 45, 2062–2070.
- [31] J. Carlos Dos Santos, B. Beijer, U. Bauder-Wüst, M. Schäfer, K. Leotta, M. Eder, M. Benešová, C. Kleist, F. Giesel, C. Kratochwil, K. Kopka, U. Haberkorn, W. Mier, J. Nucl. Med. 2020, 61, 70–79.
- C. M. Zechmann, A. Afshar-Oromieh, T. Armor, J. B. Stubbs, W. Mier, B. Hadaschik,
 J. Joyal, K. Kopka, J. Debus, J. W. Babich, U. Haberkorn, *Eur. J. Nucl. Med. Mol. Imaging* 2014, *41*, 1280–1292.
- [33] C. Kratochwil, F. L. Giesel, M. Stefanova, M. Benešová, M. Bronzel, A. Afshar-Oromieh, W. Mier, M. Eder, K. Kopka, U. Haberkorn, *J. Nucl. Med.* 2016, 57, 1170– 1176.
- [34] C. Kratochwil, F. Bruchertseifer, F. L. Giesel, M. Weis, F. A. Verburg, F. Mottaghy, K. Kopka, C. Apostolidis, U. Haberkorn, A. Morgenstern, *J. Nucl. Med.* 2016, 57, 1941–1944.
- [35] R. P. Baum, H. R. Kulkarni, C. Schuchardt, A. Singh, M. Wirtz, S. Wiessalla, M. Schottelius, D. Mueller, I. Klette, H. J. Wester, *J. Nucl. Med.* 2016, 57, 1006–1013.
- [36] M. Sathekge, O. Knoesen, M. Meckel, M. Modiselle, M. Vorster, S. Marx, Eur. J. Nucl. Med. Mol. Imaging 2017, 44, 1099–1100.
- [37] J. C. Dos Santos, M. Schäfer, U. Bauder-Wüst, W. Lehnert, K. Leotta, A. Morgenstern,
 K. Kopka, U. Haberkorn, W. Mier, C. Kratochwil, *Eur. J. Nucl. Med. Mol. Imaging* 2019,
 46, 1081–1091.

- J. M. Kelly, S. Ponnala, A. Amor-Coarasa, N. A. Zia, A. Nikolopoulou, C. Williams, Jr.,
 D. J. Schlyer, S. G. DiMagno, P. S. Donnelly, J. W. Babich, *Mol. Pharm.* 2020, *17*, 1954–1962.
- [39] M. D. Bartholoma, A. S. Louie, J. F. Valliant, J. Zubieta, *Chem. Rev.* 2010, *110*, 2903–2920.
- [40] I. M. Cohen, A. Robles, P. Mendoza, R. M. Airas, E. H. Montoya, *Appl. Radiat. Isot.* **2018**, *135*, 207–211.
- [41] E. Boros, A. B. Packard, *Chem. Rev.* **2019**, *119*, 870–901.
- [42] A. Sanchez-Crespo, P. Andreo, S. A. Larsson, *Eur. J. Nucl. Med. Mol. Imaging* 2004, 31, 44–51.
- [43] S. R. Banerjee, M. G. Pomper, Appl. Radiat. Isot. 2013, 76, 2–13.
- [44] A. Boschi, P. Martini, E. Janevik-Ivanovska, A. Duatti, *Drug Discov. Today* 2018, 23, 1489–1501.
- [45] C. J. Anderson, R. Ferdani, *Cancer Biother. Radiopharm.* 2009, 24, 379–393.
- [46] E. B. Silberstein, Semin. Nucl. Med. 2012, 42, 164–170.
- [47] J. G. Hamilton, M. H. Soley, *American Journal of Physiology-Legacy Content* **1939**, 127, 557–572.
- [48] J. G. Hamilton, M. H. Soley, *American Journal of Physiology-Legacy Content* **1940**, *131*, 135–143.
- [49] J. G. Hamilton, J. H. Lawrence, J. Clin. Investig. **1942**, 21, 624.
- [50] D. E. Clark, R. H. Moe, E. E. Adams, *Surgery* **1949**, *26*, 331–340.
- [51] W. H. Beierwaltes, Semin. Nucl. Med. **1979**, *9*, 151–155.
- [52] M. Stabin, *Phys. Med. Biol.* **2006**, *51*, R187.
- [53] M. E. Fassbender, *Sci. Rep.* **2020**, *10*, 340.
- [54] J. Pellico, P. J. Gawne, T. M. d. R. R, Chem. Soc. Rev. 2021.
- [55] R. Weissleder, U. Mahmood, *Radiology* **2001**, *219*, 316–333.
- [56] R. Weissleder, *Science* **2006**, *312*, 1168–1171.
- [57] J. K. Willmann, N. van Bruggen, L. M. Dinkelborg, S. S. Gambhir, *Nat. Rev. Drug. Discov.* 2008, 7, 591–607.
- [58] U. Haberkorn, M. Eisenhut, *Eur. J. Nucl. Med. Mol. Imaging* **2005**, *32*, 1354–1359.
- [59] O. Dössel, *Bildgebung in der Medizin*, Springer, Berlin, Heidelberg, **2016**.
- [60] C. S. Levin, Eur. J. Nucl. Med. Mol. Imaging 2005, 32, S325–S345.
- [61] C. M. Pepin, P. Berard, A. L. Perrot, C. Pepin, D. Houde, R. Lecomte, C. L. Melcher, H. Dautet, *IEEE Trans. Nucl. Sci.* 2004, *51*, 789–795.
- [62] V. Spanoudaki, A. Mann, A. Otte, I. Konorov, I. Torres-Espallardo, S. Paul, S. Ziegler, *J. Instrum.* **2007**, *2*, P12002.

- [63] A. J. González, A. Aguilar, P. Conde, L. Hernández, L. Moliner, L. F. Vidal, F. Sánchez,
 S. Sánchez, C. Correcher, C. Molinos, *IEEE Trans. Nucl. Sci.* 2016, 63, 2471–2477.
- [64] D. L. Nosco, J. A. Beaty-Nosco, Coord. Chem. Rev. 1999, 184, 91–123.
- [65] J. L. Hickey, P. S. Donnelly, Coord. Chem. Rev. 2012, 256, 2367–2380.
- [66] K. Marten, C. Bremer, K. Khazaie, M. Sameni, B. Sloane, C. H. Tung, R. Weissleder, *Gastroenterology* **2002**, *122*, 406–414.
- [67] Y. Hama, Y. Urano, Y. Koyama, M. Kamiya, M. Bernardo, R. S. Paik, M. C. Krishna,P. L. Choyke, H. Kobayashi, *Neoplasia* 2006, *8*, 607–IN602.
- [68] H. Kobayashi, M. Ogawa, R. Alford, P. L. Choyke, Y. Urano, *Chem. Rev.* 2010, *110*, 2620–2640.
- [69] U. Seibold, B. Wängler, R. Schirrmacher, C. Wängler, *Biomed Res. Int.* 2014, 2014, 153741.
- [70] J. Culver, W. Akers, S. Achilefu, J. Nucl. Med. 2008, 49, 169–172.
- [71] R. Weissleder, Nat. Biotechnol. 2001, 19, 316–317.
- [72] G. D. Luker, K. E. Luker, J. Nucl. Med. 2008, 49, 1–4.
- [73] O. T. Bruns, T. S. Bischof, D. K. Harris, D. Franke, Y. Shi, L. Riedemann, A. Bartelt, F.
 B. Jaworski, J. A. Carr, C. J. Rowlands, *Nature Biomed. Eng.* 2017, *1*, 1–11.
- [74] E. D. Cosco, J. R. Caram, O. T. Bruns, D. Franke, R. A. Day, E. P. Farr, M. G. Bawendi,
 E. M. Sletten, *Angew. Chem. Int. Ed. Engl.* 2017, *56*, 13126–13129.
- J. A. Carr, D. Franke, J. R. Caram, C. F. Perkinson, M. Saif, V. Askoxylakis, M. Datta,
 D. Fukumura, R. K. Jain, M. G. Bawendi, O. T. Bruns, *Proc. Natl. Acad. Sci. U.S.A.* **2018**, *115*, 4465–4470.
- [76] P. Debbage, W. Jaschke, *Histochem. Cell Biol.* **2008**, *130*, 845–875.
- [77] M. L. James, S. S. Gambhir, *Physiol Rev* **2012**, *92*, 897–965.
- [78] V. Ntziachristos, J. Ripoll, R. Weissleder, Opt. Lett. 2002, 27, 333–335.
- [79] D. J. Hawrysz, E. M. Sevick-Muraca, *Neoplasia* **2000**, *2*, 388–417.
- [80] M. V. Marshall, J. C. Rasmussen, I. C. Tan, M. B. Aldrich, K. E. Adams, X. Wang, C. E. Fife, E. A. Maus, L. A. Smith, E. M. Sevick-Muraca, *Open Surg. Oncol. J.* 2010, *2*, 12–25.
- [81] M. Hope-Ross, L. A. Yannuzzi, E. S. Gragoudas, D. R. Guyer, J. S. Slakter, J. A. Sorenson, S. Krupsky, D. A. Orlock, C. A. Puliafito, *Ophthalmology* **1994**, *101*, 529–533.
- [82] P. W. Atkins, J. De Paula, *Physikalische Chemie*, Wiley-VCH, Weinheim, **2013**.
- [83] K. K. Ng, G. Zheng, *Chem. Rev.* **2015**, *115*, 11012–11042.
- [84] H. Goesmann, C. Feldmann, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2010, 49, 1362–1395.
- [85] Y. Wang, L. Chen, *Nanomedicine* **2011**, *7*, 385–402.

- [86] M. J. Ruedas-Rama, J. D. Walters, A. Orte, E. A. Hall, Anal. Chim. Acta. 2012, 751, 1–23.
- [87] T. Liu, Z. Xu, D. R. Spring, J. Cui, Org. Lett. 2013, 15, 2310–2313.
- [88] G. Lukinavičius, L. Reymond, E. D'Este, A. Masharina, F. Gottfert, H. Ta, A. Guther,
 M. Fournier, S. Rizzo, H. Waldmann, C. Blaukopf, C. Sommer, D. W. Gerlich, H. D.
 Arndt, S. W. Hell, K. Johnsson, *Nat. Methods* 2014, *11*, 731–733.
- [89] J. Matthias, T. Kanagasundaram, K. Kopka, C. S. Kramer, *Beilstein J. Org. Chem.* **2019**, *15*, 2333–2343.
- [90] J. K. Sugden, *Biotech. Histochem.* **2004**, *79*, 71–90.
- [91] B. N. Giepmans, S. R. Adams, M. H. Ellisman, R. Y. Tsien, Science 2006, 312, 217– 224.
- S. Zhu, Q. Yang, A. L. Antaris, J. Yue, Z. Ma, H. Wang, W. Huang, H. Wan, J. Wang,
 S. Diao, B. Zhang, X. Li, Y. Zhong, K. Yu, G. Hong, J. Luo, Y. Liang, H. Dai, *Proc. Natl. Acad. Sci. U.S.A.* 2017, *114*, 962–967.
- [93] S. Luo, E. Zhang, Y. Su, T. Cheng, C. Shi, *Biomaterials* **2011**, *32*, 7127–7138.
- [94] M. Z. Lin, M. R. McKeown, H. L. Ng, T. A. Aguilera, N. C. Shaner, R. E. Campbell, S. R. Adams, L. A. Gross, W. Ma, T. Alber, R. Y. Tsien, *Chem. Biol.* 2009, *16*, 1169–1179.
- [95] Q. Cao, N. G. Zhegalova, S. T. Wang, W. J. Akers, M. Y. Berezin, *J. Biomed. Opt.* **2013**, *18*, 101318.
- [96] E. Hemmer, A. Benayas, F. Legare, F. Vetrone, *Nanoscale Horiz.* **2016**, *1*, 168–184.
- [97] G. Choy, P. Choyke, S. K. Libutti, *Mol. Imaging* **2003**, *2*.
- [98] S. A. Hilderbrand, R. Weissleder, Curr. Opin. Chem. Biol. 2010, 14, 71–79.
- [99] K. Umezawa, Y. Nakamura, H. Makino, D. Citterio, K. Suzuki, J. Am. Chem. Soc. 2008, 130, 1550–1551.
- [100] J. O. Escobedo, O. Rusin, S. Lim, R. M. Strongin, Curr. Opin. Chem. Biol. 2010, 14, 64–70.
- [101] N. Zheng, H. N. Tsai, X. Zhang, G. R. Rosania, *Mol. Pharm.* 2011, *8*, 1619–1628.
- [102] L. van Manen, H. J. M. Handgraaf, M. Diana, J. Dijkstra, T. Ishizawa, A. L. Vahrmeijer, J. S. D. Mieog, *J. Surg. Oncol.* 2018, *118*, 283–300.
- [103] A. Treibs, F.-H. Kreuzer, *Liebigs Ann.* **1968**, *718*, 208–223.
- [104] V. Sancho, A. Di Florio, T. W Moody, R. T Jensen, Curr. Drug Deliv. 2011, 8, 79–134.
- [105] S. Krajcovicova, J. Stankova, P. Dzubak, M. Hajduch, M. Soural, M. Urban, *Chem. Eur. J.* 2018, 24, 4957–4966.
- [106] T. Stemler, C. Hoffmann, I. M. Hierlmeier, S. Maus, E. Krause, S. Ezziddin, G. Jung,M. D. Bartholomä, *ChemMedChem* 2021.
- [107] W. Zhao, E. M. Carreira, Chem. Eur. J. 2006, 12, 7254–7263.

- [108] A. Loudet, K. Burgess, Chem. Rev. 2007, 107, 4891–4932.
- [109] N. Boens, V. Leen, W. Dehaen, *Chem. Soc. Rev.* **2012**, *41*, 1130–1172.
- [110] A. Kamkaew, S. H. Lim, H. B. Lee, L. V. Kiew, L. Y. Chung, K. Burgess, *Chem. Soc. Rev.* 2013, 42, 77–88.
- [111] R. Sjöback, J. Nygren, M. Kubista, Spectrochim. Acta A Mol. Biomol. Spectrosc. 1995, 51, L7–L21.
- [112] D. H. Alamdari, A. B. Moghaddam, S. Amini, M. R. Keramati, A. M. Zarmehri, A. H. Alamdari, M. Damsaz, H. Banpour, A. Yarahmadi, G. Koliakos, *Eur. J. Pharmacol.* 2020, *885*, 173494.
- [113] M. Gendrot, J. Andreani, I. Duflot, M. Boxberger, M. Le Bideau, J. Mosnier, P. Jardot,
 I. Fonta, C. Rolland, H. Bogreau, S. Hutter, B. La Scola, B. Pradines, *Int. J. Antimicrob. Agents* 2020, *56*, 106202.
- [114] A. Treibs, K. Jacob, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 1965, 4, 694–694.
- [115] L. Hu, Z. Yan, H. Xu, RSC Adv. 2013, 3, 7667–7676.
- [116] S. Sreejith, P. Carol, P. Chithra, A. Ajayaghosh, J. Mater. Chem. 2008, 18, 264–274.
- [117] B. Ballou, L. A. Ernst, A. S. Waggoner, *Curr. Med. Chem.* **2005**, *12*, 795–805.
- [118] H. Shindy, *Dyes Pigm.* **2017**, *145*, 505–513.
- [119] J. T. Alander, I. Kaartinen, A. Laakso, T. Patila, T. Spillmann, V. V. Tuchin, M. Venermo, P. Valisuo, Int. J. Biomed. Imaging 2012, 2012, 940585.
- [120] T. Karstens, K. Kobs, J. Phys. Chem. 2002, 84, 1871–1872.
- [121] M. Ceresole, German Patent No. 44002, **1887**.
- [122] J. Mohanty, W. M. Nau, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2005, 44, 3750–3754.
- [123] M. Beija, C. A. Afonso, J. M. Martinho, *Chem. Soc. Rev.* **2009**, 38, 2410–2433.
- [124] S. J. Dwight, S. Levin, Org. Lett. 2016, 18, 5316–5319.
- [125] M. S. Goncalves, *Chem. Rev.* **2009**, *109*, 190–212.
- [126] L. Wang, W. Du, Z. Hu, K. Uvdal, L. Li, W. Huang, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2019, 58, 14026–14043.
- [127] L. Yuan, W. Lin, K. Zheng, L. He, W. Huang, Chem. Soc. Rev. 2013, 42, 622–661.
- [128] M. Fu, Y. Xiao, X. Qian, D. Zhao, Y. Xu, Chem. Commun. 2008, 1780–1782.
- [129] R. Ramette, E. Sandell, J. Am. Chem. Soc. 1956, 78, 4872–4878.
- [130] R. F. Kubin, A. N. Fletcher, *J. Lumin.* **1982**, *27*, 455–462.
- [131] Y. Koide, Y. Urano, K. Hanaoka, T. Terai, T. Nagano, ACS Chem. Biol. 2011, 6, 600–608.
- [132] Y. Koide, Y. Urano, K. Hanaoka, W. Piao, M. Kusakabe, N. Saito, T. Terai, T. Okabe,
 T. Nagano, *J. Am. Chem. Soc.* **2012**, *134*, 5029–5031.
- [133] T. Egawa, Y. Koide, K. Hanaoka, T. Komatsu, T. Terai, T. Nagano, *Chem. Commun.***2011**, *47*, 4162–4164.

- [134] Y. Kushida, T. Nagano, K. Hanaoka, Analyst 2015, 140, 685–695.
- [135] T. Ikeno, T. Nagano, K. Hanaoka, Chem. Asian J. 2017, 12, 1435–1446.
- [136] S. Yamaguchi, K. Tamao, J. Chem. Soc., Dalton Trans. 1998, 3693–3702.
- [137] T. Y. Ohulchanskyy, D. J. Donnelly, M. R. Detty, P. N. Prasad, J. Phys. Chem. B 2004, 108, 8668–8672.
- [138] B. Calitree, D. J. Donnelly, J. J. Holt, M. K. Gannon, C. L. Nygren, D. K. Sukumaran, J. Autschbach, M. R. Detty, *Organometallics* 2007, *26*, 6248–6257.
- [139] M. W. Kryman, G. A. Schamerhorn, K. Yung, B. Sathyamoorthy, D. K. Sukumaran, T.
 Y. Ohulchanskyy, J. B. Benedict, M. R. Detty, *Organometallics* 2013, *32*, 4321–4333.
- [140] J. B. Grimm, A. J. Sung, W. R. Legant, P. Hulamm, S. M. Matlosz, E. Betzig, L. D. Lavis, ACS Chem. Biol. 2013, 8, 1303–1310.
- [141] M. W. Kryman, G. A. Schamerhorn, J. E. Hill, B. D. Calitree, K. S. Davies, M. K. Linder, T. Y. Ohulchanskyy, M. R. Detty, *Organometallics* 2014, 33, 2628–2640.
- [142] X. Chai, X. Cui, B. Wang, F. Yang, Y. Cai, Q. Wu, T. Wang, Chem. Eur. J. 2015, 21, 16754–16758.
- [143] J. Liu, Y. Q. Sun, H. Zhang, H. Shi, Y. Shi, W. Guo, ACS Appl. Mater. Interfaces 2016, 8, 22953–22962.
- [144] T. Hirayama, A. Mukaimine, K. Nishigaki, H. Tsuboi, S. Hirosawa, K. Okuda, M. Ebihara, H. Nagasawa, *Dalton Trans.* 2017, *46*, 15991–15995.
- [145] X. Zhou, L. Lesiak, R. Lai, J. R. Beck, J. Zhao, C. G. Elowsky, H. Li, C. I. Stains, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2017, 56, 4197–4200.
- [146] F. Deng, Z. Xu, Chin. Chem. Lett. 2019, 30, 1667–1681.
- [147] M. Li, Y. Li, X. Wang, X. Cui, T. Wang, *Chin. Chem. Lett.* **2019**, *30*, 1682–1688.
- [148] T. W. Goodwin, R. A. Morton, *Biochem. J.* **1946**, *40*, 628–632.
- [149] T. Ichikawa, H. Terada, *Biochimica et Biophysica Acta.* **1977**, *494*, 267–270.
- [150] J. B. Grimm, T. A. Brown, A. N. Tkachuk, L. D. Lavis, ACS Cent. Sci. 2017, 3, 975– 985.
- [151] C. Fischer, C. Sparr, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2018, 57, 2436–2440.
- [152] B. Wang, X. Chai, W. Zhu, T. Wang, Q. Wu, Chem. Commun. 2014, 50, 14374–14377.
- [153] G. Lukinavičius, K. Umezawa, N. Olivier, A. Honigmann, G. Yang, T. Plass, V. Mueller,
 L. Reymond, I. R. Correa, Jr., Z. G. Luo, C. Schultz, E. A. Lemke, P. Heppenstall, C.
 Eggeling, S. Manley, K. Johnsson, *Nat. Chem.* **2013**, *5*, 132–139.
- [154] G. Lukinavičius, L. Reymond, K. Umezawa, O. Sallin, E. D'Este, F. Gottfert, H. Ta, S.
 W. Hell, Y. Urano, K. Johnsson, *J. Am. Chem. Soc.* 2016, *138*, 9365–9368.
- [155] A. N. Butkevich, Org. Lett. 2021, 23, 2604–2609.
- [156] H. N. Kim, M. H. Lee, H. J. Kim, J. S. Kim, J. Yoon, Chem. Soc. Rev. 2008, 37, 1465– 1472.

- [157] S. N. Uno, M. Kamiya, T. Yoshihara, K. Sugawara, K. Okabe, M. C. Tarhan, H. Fujita,
 T. Funatsu, Y. Okada, S. Tobita, Y. Urano, *Nat. Chem.* **2014**, *6*, 681–689.
- [158] T. Wang, Q. J. Zhao, H. G. Hu, S. C. Yu, X. Liu, L. Liu, Q. Y. Wu, *Chem. Commun.* 2012, 48, 8781–8783.
- [159] R. Wirth, P. Gao, G. U. Nienhaus, M. Sunbul, A. Jaschke, J. Am. Chem. Soc. 2019, 141, 7562–7571.
- [160] R. Weissleder, M. J. Pittet, *Nature* **2008**, *452*, 580–589.
- [161] V. Dilsizian, R. Taillefer, JACC: Cardiovasc. Imaging 2012, 5, 1269–1284.
- [162] P. J. Slomka, T. Pan, D. S. Berman, G. Germano, Prog. Cardiovasc. Dis. 2015, 57, 566–578.
- [163] D. Barolet, Semin. Cutan. Med. Surg. 2008, 27, 227–238.
- [164] E. Ruggiero, S. Alonso-de Castro, A. Habtemariam, L. Salassa, *Dalton Trans.* 2016, 45, 13012–13020.
- [165] Q. Miao, K. Pu, Adv. Mater. 2018, 30, e1801778.
- [166] C. A. Metildi, S. Kaushal, M. Pu, K. A. Messer, G. A. Luiken, A. R. Moossa, R. M. Hoffman, M. Bouvet, Ann. Surg. Oncol. 2014, 21, 1405–1411.
- [167] L. Frullano, T. J. Meade, J. Biol. Inorg. Chem. 2007, 12, 939–949.
- [168] L. E. Jennings, N. J. Long, Chem. Commun. 2009, 3511–3524.
- [169] A. Louie, Chem. Rev. 2010, 110, 3146–3195.
- [170] D. E. Lee, H. Koo, I. C. Sun, J. H. Ryu, K. Kim, I. C. Kwon, *Chem. Soc. Rev.* 2012, 41, 2656–2672.
- [171] R. T. de Rosales, J. Label. Compd. Radiopharm. 2014, 57, 298–303.
- [172] T. Heinrich, F. Fahey, P. Dunning, E. Snay, S. Treves, A. Packard, J. Nucl. Med. 2008, 302P.
- [173] V. Gottumukkala, T. K. Heinrich, A. Baker, P. Dunning, F. H. Fahey, S. T. Treves, A. B. Packard, *Nucl. Med. Biol.* 2010, *37*, 365–370.
- [174] T. K. Heinrich, V. Gottumukkala, E. Snay, P. Dunning, F. H. Fahey, S. T. Treves, A. B. Packard, *Appl. Radiat. Isot.* 2010, 68, 96–100.
- [175] Z. Li, T.-P. Lin, S. Liu, C.-W. Huang, T. W. Hudnall, F. P. Gabbaï, P. S. Conti, *Chem. Commun.* 2011, 47, 9324–9326.
- [176] E. R. Ranyuk, N. Cauchon, H. Ali, R. Lecomte, B. Guérin, J. E. van Lier, *Bioorg. Med. Chem. Lett.* 2011, 21, 7470–7473.
- [177] J. A. Hendricks, E. J. Keliher, D. Wan, S. A. Hilderbrand, R. Weissleder, R. Mazitschek, *Angew. Chem. Int. Ed. Engl.* **2012**, *51*, 4603–4606.
- [178] Z. Lu, T. T. Pham, V. Rajkumar, Z. Yu, R. B. Pedley, E. Årstad, J. Maher, R. Yan, J. Med. Chem. 2018, 61, 1636–1645.

- [179] H. Kommidi, H. Guo, F. Nurili, Y. Vedvyas, M. M. Jin, T. D. McClure, B. Ehdaie, H. B. Sayman, O. Akin, O. Aras, R. Ting, *J. Med. Chem.* **2018**, *61*, 4256–4262.
- [180] W. L. Turnbull, E. Murrell, M. Bulcan-Gnirss, M. Majeed, M. Milne, L. G. Luyt, *Dalton Trans.* 2019, 48, 14077–14084.
- [181] T. T. Pham, Z. Lu, C. Davis, C. Li, F. Sun, J. Maher, R. Yan, *Bioconjugate Chem.* 2020, 31, 1107–1116.
- [182] S. Liu, T.-P. Lin, D. Li, L. Leamer, H. Shan, Z. Li, F. P. Gabbaï, P. S. Conti, *Theranostics* **2013**, *3*, 181.
- [183] S. Liu, D. Li, H. Shan, F. P. Gabbaï, Z. Li, P. S. Conti, Nucl. Med. Biol. 2014, 41, 120– 126.
- [184] E. J. Keliher, J. A. Klubnick, T. Reiner, R. Mazitschek, R. Weissleder, *ChemMedChem* 2014, 9, 1368.
- [185] B. Bertrand, K. Passador, C. Goze, F. Denat, E. Bodio, M. Salmain, *Coord. Chem. Rev.* 2018, 358, 108–124.
- [186] E. Bodio, F. Denat, C. Goze, J. Porphyr. Phthalocyanines 2019, 116–140.
- [187] Y.-D. Kwon, Y. Byun, H.-K. Kim, Nucl. Med. Biol. 2020.
- [188] T. S. Pitchumony, L. Banevicius, N. Janzen, J. Zubieta, J. F. Valliant, *Inorg. Chem.* 2013, *52*, 13521–13528.
- [189] A. Yazdani, N. Janzen, L. Banevicius, S. Czorny, J. F. Valliant, *Inorg. Chem.* 2015, 54, 1728–1736.
- [190] M. Detty, B. Calitree, *Synlett* **2009**, *2010*, 89–92.
- [191] Y. Urano, M. Kamiya, K. Umezawa, M. Yoshida, WO/2015/129705, 2015.
- [192] K. Umezawa, M. Yoshida, M. Kamiya, T. Yamasoba, Y. Urano, Nat. Chem. 2017, 9, 279–286.
- [193] R. Martin, S. L. Buchwald, Acc. Chem. Res. 2008, 41, 1461–1473.
- [194] A. J. Lennox, G. C. Lloyd-Jones, Chem. Soc. Rev. 2014, 43, 412–443.
- [195] T. Kanagasundaram, *Masterarbeit*, Ruprecht-Karls-Universität Heidelberg, **2017**.
- [196] A. Timmermann, *Bachelorarbeit*, Ruprecht-Karls-Universität Heidelberg, **2018**.
- [197] C. S. Kramer, *German Cancer Research Center*, Ruprecht-Karls-Universität Heidelberg, **2019**.
- [198] T. Kanagasundaram, A. Timmermann, C. S. Kramer, K. Kopka, *Beilstein J. Org. Chem.* **2019**, *15*, 2569–2576.
- [199] D. C. Blakemore, P. M. Doyle, Y. M. Fobian, Synthetic Methods in Drug Discovery: Volume 1, Royal Society of Chemistry, Cambridge, 2016.
- [200] P. Shieh, M. S. Siegrist, A. J. Cullen, C. R. Bertozzi, Proc. Natl. Acad. Sci. U.S.A. 2014, 111, 5456–5461.
- [201] C. R. Bertozzi, P. Shieh, US9410958B2, **2015**.

- [202] N. Miyaura, A. Suzuki, Chem. Rev. 1995, 95, 2457–2483.
- [203] G. Dijkstra, W. H. Kruizinga, R. M. Kellogg, J. Org. Chem. 1987, 52, 4230–4234.
- [204] P. W. van Leeuwen, P. C. Kamer, J. N. Reek, P. Dierkes, *Chem. Rev.* 2000, 100, 2741–2770.
- [205] B. R. Travis, M. Sivakumar, G. O. Hollist, B. Borhan, Org. Lett. 2003, 5, 1031–1034.
- [206] E. Heyer, P. Lory, J. Leprince, M. Moreau, A. Romieu, M. Guardigli, A. Roda, R. Ziessel, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2015, 54, 2995–2999.
- [207] A. Godard, P. Rocca, V. Pomel, L. Thomas-dit-Dumont, J. C. Rovera, J. F. Thaburet,
 F. Marsais, G. Quéguiner, *J. Organomet. Chem.* 1996, *517*, 25–36.
- [208] J. Hassan, M. Sevignon, C. Gozzi, E. Schulz, M. Lemaire, Chem. Rev. 2002, 102, 1359–1470.
- [209] E. M. Sletten, C. R. Bertozzi, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2009, 48, 6974–6998.
- [210] M. B. Haskali, A. L. Farnsworth, P. D. Roselt, C. A. Hutton, RSC Med. Chem. 2020, 11, 919–922.
- [211] J. E. Hein, V. V. Fokin, *Chem. Soc. Rev.* **2010**, *39*, 1302–1315.
- [212] T. Watanabe, N. Miyaura, A. Suzuki, Synlett **1992**, 1992, 207–210.
- [213] K. L. Billingsley, S. L. Buchwald, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2008, 47, 4695–4698.
- [214] A. E. Smith, K. M. Clapham, A. S. Batsanov, M. R. Bryce, B. Tarbit, *Eur. J. Org. Chem.* **2008**, 2008, 1458–1463.
- [215] L. G. Luyt, H. M. Bigott, M. J. Welch, J. A. Katzenellenbogen, *Bioorg. Med. Chem.* 2003, 11, 4977–4989.
- [216] J. R. van der Vorst, B. E. Schaafsma, F. P. Verbeek, M. Hutteman, J. S. Mieog, C. W. Lowik, G. J. Liefers, J. V. Frangioni, C. J. van de Velde, A. L. Vahrmeijer, Ann. Surg. Oncol. 2012, 19, 4104–4111.
- [217] A. C. Ansink, D. M. Sie-Go, J. van der Velden, E. A. Sijmons, A. de Barros Lopes, J. M. Monaghan, G. G. Kenter, J. B. Murdoch, F. J. ten Kate, A. P. M. Heintz, *Cancer* 1999, *86*, 652–656.
- [218] H. Niikura, C. Okamura, J. Akahira, T. Takano, K. Ito, K. Okamura, N. Yaegashi, *Gynecol. Oncol.* 2004, 94, 528–532.
- [219] H. C. Kolb, M. Finn, K. B. Sharpless, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2001, 40, 2004– 2021.
- [220] V. V. Rostovtsev, L. G. Green, V. V. Fokin, K. B. Sharpless, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2002, 41, 2596–2599.
- T. L. Mindt, H. Struthers, L. Brans, T. Anguelov, C. Schweinsberg, V. Maes, D. Tourwé,
 R. Schibli, *J. Am. Chem. Soc.* 2006, *128*, 15096–15097.
- [222] H. Struthers, B. Spingler, T. L. Mindt, R. Schibli, *Chem. Eur. J.* **2008**, *14*, 6173–6183.

- [223] A. Boulay, M. Artigau, Y. Coulais, C. Picard, B. Mestre-Voegtle, E. Benoist, *Dalton Trans.* 2011, 40, 6206–6209.
- [224] F. L. Thorp-Greenwood, M. P. Coogan, *Dalton Trans.* 2011, 40, 6129–6143.
- [225] L. H. Davies, B. B. Kasten, P. D. Benny, R. L. Arrowsmith, H. Ge, S. I. Pascu, S. W. Botchway, W. Clegg, R. W. Harrington, L. J. Higham, *Chem. Commun.* 2014, 50, 15503–15505.
- [226] Y. Shimizu, K. Tanimura, S. likuni, H. Watanabe, H. Saji, M. Ono, *Molecules* 2019, 24.
- [227] A. H. Day, J. Domarkas, S. Nigam, I. Renard, C. Cawthorne, B. P. Burke, G. S. Bahra,
 P. C. F. Oyston, I. A. Fallis, S. J. Archibald, S. J. A. Pope, *Dalton Trans.* 2020, 49, 511–523.
- [228] S. R. Slikboer, T. S. Pitchumony, L. Banevicius, N. Mercanti, P. E. Edem, J. F. Valliant, Dalton Trans. 2020, 49, 14826–14836.
- [229] S. F. A. Rizvi, A. Ali, M. Ahmad, S. Mu, H. Zhang, Nanoscale Adv. 2021.
- [230] I. Zolle, *Technetium-99m pharmaceuticals*, Springer, Berlin, Heidelberg, 2007.
- [231] J. G. Darab, P. A. Smith, Chem. Mat. 1996, 8, 1004–1021.
- [232] T. L. Mindt, C. Müller, F. Stuker, J. F. Salazar, A. Hohn, T. Mueggler, M. Rudin, R. Schibli, *Bioconjugate Chem.* 2009, 20, 1940–1949.
- [233] P. Shieh, V. T. Dien, B. J. Beahm, J. M. Castellano, T. Wyss-Coray, C. R. Bertozzi, J. Am. Chem. Soc. 2015, 137, 7145–7151.
- [234] R. Eychenne, S. Guizani, J.-H. Wang, C. Picard, N. Malek, P.-L. Fabre, M. Wolff, B. Machura, N. Saffon, N. Lepareur, E. Benoist, *Eur. J. Inorg. Chem.* 2017, 2017, 69–81.
- [235] R. Schibli, R. La Bella, R. Alberto, E. Garcia-Garayoa, K. Ortner, U. Abram, P. Schubiger, *Bioconjugate Chem.* 2000, *11*, 345–351.
- [236] N. Marti, B. Spingler, F. Breher, R. Schibli, Inorg. Chem. 2005, 44, 6082–6091.
- [237] K.-P. Huber, Molecular spectra and molecular structure: IV. Constants of diatomic molecules, Springer Science & Business Media, Boston, MA, 2013.
- [238] K. Nakamaru, Bull. Chem. Soc. Jpn. **1982**, 55, 1639–1640.
- [239] L. Wei, J. W. Babich, W. Ouellette, J. Zubieta, Inorg. Chem. 2006, 45, 3057–3066.
- [240] S. Gioux, H. S. Choi, J. V. Frangioni, *Mol. Imaging* **2010**, *9*.
- [241] D. Y. Zhang, S. Singhal, J. Y. K. Lee, *Neurosurg.* **2019**, *85*, 312–324.
- [242] S. Hameed, H. Chen, M. Irfan, S. Z. Bajwa, W. S. Khan, S. M. Baig, Z. Dai, Bioconjugate Chem. 2019, 30, 13–28.
- [243] S. H. Ahn, D. Thach, B. A. Vaughn, V. M. Alford, A. N. Preston, S. T. Laughlin, E. Boros, *Mol. Pharm.* 2019, *16*, 1412–1420.
- [244] V. Martinez, M. Henary, Chem. Eur. J. 2016, 22, 13764–13782.
- [245] Y. L. Huang, A. S. Walker, E. W. Miller, J. Am. Chem. Soc. 2015, 137, 10767–10776.
- [246] V. Saxena, M. Sadoqi, J. Shao, J. Photochem. Photobiol. B 2004, 74, 29–38.

- [247] A. Egli, R. Alberto, L. Tannahill, R. Schibli, U. Abram, A. Schaffland, R. Waibel, D. Tourwé, L. Jeannin, K. Iterbeke, *J. Nucl. Med.* **1999**, *40*, 1913–1917.
- [248] J. Cao, Y. Wang, J. Yu, J. Xia, C. Zhang, D. Yin, U. O. Häfeli, *J. Magn. Magn. Mater.* 2004, 277, 165–174.
- [249] R. Alberto, K. Ortner, N. Wheatley, R. Schibli, A. P. Schubiger, J. Am. Chem. Soc.
 2001, 123, 3135–3136.
- [250] C. C. Konkankit, B. A. Vaughn, S. N. MacMillan, E. Boros, J. J. Wilson, *Inorg. Chem.* **2019**, *58*, 3895–3909.
- [251] Y. Wang, C. A. Mathis, G.-F. Huang, M. L. Debnath, D. P. Holt, L. Shao, W. E. Klunk, J. Mol. Neurosci. 2003, 20, 255–260.
- [252] A. Frutiger, A. Tanno, S. Hwu, R. F. Tiefenauer, J. Voros, N. Nakatsuka, *Chem. Rev.* 2021, 121, 8095–8160.
- [253] H. Van De Waterbeemd, D. A. Smith, K. Beaumont, D. K. Walker, J. Med. Chem. 2001, 44, 1313–1333.
- [254] M. J. Waring, *Expert Opin. Drug. Discov.* **2010**, *5*, 235–248.
- [255] J. A. Arnott, S. L. Planey, *Expert Opin. Drug. Discov.* **2012**, *7*, 863–875.
- [256] J. S. Wright, T. Kaur, S. Preshlock, S. S. Tanzey, W. P. Winton, L. S. Sharninghausen,
 N. Wiesner, A. F. Brooks, M. S. Sanford, P. J. Scott, *Clin. Transl. Imaging* 2020, *8*, 167–206.
- [257] L. Gower-Fry, T. Kronemann, A. Dorian, Y. Pu, C. Jaworski, C. Wängler, P. Bartenstein, L. Beyer, S. Lindner, K. Jurkschat, B. Wängler, J. J. Bailey, R. Schirrmacher, *Pharmaceuticals* **2021**, *14*.
- [258] Z. Li, K. Chansaenpak, S. Liu, C. R. Wade, P. S. Conti, F. P. Gabbaï, *MedChemComm* 2012, 3, 1305–1308.
- [259] C. Wängler, A. Kostikov, J. Zhu, J. Chin, B. Wängler, R. Schirrmacher, *Appl. Sci.* 2012, 2, 277–302.
- [260] B. P. Burke, G. S. Clemente, S. J. Archibald, Contrast Media Mol. Imaging 2015, 10, 96–110.
- [261] B. Vabre, K. Chansaenpak, M. Wang, H. Wang, Z. Li, F. P. Gabbaï, *Chem. Commun.* 2017, *53*, 8657–8659.
- [262] H. Hong, L. Zhang, F. Xie, R. Zhuang, D. Jiang, H. Liu, J. Li, H. Yang, X. Zhang, L. Nie, Z. Li, *Nat. Commun.* **2019**, *10*, 989.
- [263] Q. Zheng, H. Xu, H. Wang, W. H. Du, N. Wang, H. Xiong, Y. Gu, L. Noodleman, K. B. Sharpless, G. Yang, P. Wu, *J. Am. Chem. Soc.* 2021, *143*, 3753–3763.
- [264] M. S. Rosenthal, A. L. Bosch, R. J. Nickles, S. J. Gatley, *Appl. Radiat. Isot.* **1985**, *36*, 318–319.

- [265] R. Schirrmacher, G. Bradtmoller, E. Schirrmacher, O. Thews, J. Tillmanns, T. Siessmeier, H. G. Buchholz, P. Bartenstein, B. Wängler, C. M. Niemeyer, K. Jurkschat, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2006, 45, 6047–6050.
- [266] V. Bernard-Gauthier, C. Wängler, E. Schirrmacher, A. Kostikov, K. Jurkschat, B. Wängler, R. Schirrmacher, *Biomed Res. Int.* 2014, 2014, 454503.
- [267] Y.-R. Luo, Comprehensive handbook of chemical bond energies, CRC press, Boca Raton, 2007.
- [268] B. Cui, S. Jia, E. Tokunaga, N. Shibata, *Nat. Commun.* **2018**, *9*, 4393.
- [269] R. Corriu, J. Fernandez, C. Guerin, *Journal of Organometallic Chemistry* **1980**, *192*, 347–352.
- [270] O. Farooq, J. Chem. Soc., Perkin Trans. 1 1998, 661–666.
- [271] U. Choudhry, K. Martin, S. Biagini, P. J. Blower, *Nucl. Med. Commun.* 2006, 27, 293.
- [272] M. H. Al-Huniti, S. Lu, V. W. Pike, S. D. Lepore, J. Fluor. Chem. 2014, 158, 48–52.
- [273] K. E. Danahy, J. C. Cooper, J. F. Van Humbeck, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2018, 57, 5134–5138.
- [274] J. A. Gibson, D. G. Ibbott, A. F. Janzen, Can. J. Chem. 1973, 51, 3203–3210.
- [275] R. K. Marat, A. F. Janzen, *Can. J. Chem.* **1977**, *55*, 3845–3849.
- [276] L. Mu, A. Hohne, P. A. Schubiger, S. M. Ametamey, K. Graham, J. E. Cyr, L. Dinkelborg, T. Stellfeld, A. Srinivasan, U. Voigtmann, U. Klar, *Angew. Chem. Int. Ed. Engl.* 2008, 47, 4922–4925.
- [277] A. P. Kostikov, L. Iovkova, J. Chin, E. Schirrmacher, B. Wängler, C. Wängler, K. Jurkschat, G. Cosa, R. Schirrmacher, J. Fluor. Chem. 2011, 132, 27–34.
- [278] B. Wängler, A. P. Kostikov, S. Niedermoser, J. Chin, K. Orchowski, E. Schirrmacher,
 L. lovkova-Berends, K. Jurkschat, C. Wängler, R. Schirrmacher, *Nat. Protoc.* 2012, 7, 1964–1969.
- [279] S. Lindner, C. Wängler, J. J. Bailey, K. Jurkschat, P. Bartenstein, B. Wängler, R. Schirrmacher, *Nat. Protoc.* 2020, 15, 3827–3843.
- [280] P. S. Fier, J. F. Hartwig, J. Am. Chem. Soc. 2012, 134, 10795–10798.
- [281] M. Munch, B. H. Rotstein, G. Ulrich, *Molecules* **2020**, *25*, 6042.
- [282] A. Paulus, P. Desai, B. Carney, G. Carlucci, T. Reiner, C. Brand, W. A. Weber, *EJNMMI Res.* **2015**, *5*, 120.
- [283] H. Kim, K. Kim, S. H. Son, J. Y. Choi, K. H. Lee, B. T. Kim, Y. Byun, Y. S. Choe, ACS Chem. Neurosci. 2019, 10, 1445–1451.
- [284] A. Paulus, N. Drude, E. B. M. Nascimento, E. M. Buhl, J. F. P. Berbee, P. C. N. Rensen,
 W. D. van Marken Lichtenbelt, F. M. Mottaghy, M. Bauwens, *Sci. Rep.* 2019, *9*, 2706.
- [285] M. Tredwell, V. Gouverneur, Angew. Chem. Int. Ed. Engl. 2012, 51, 11426–11437.
- [286] F. Zarrad, B. D. Zlatopolskiy, P. Krapf, J. Zischler, B. Neumaier, *Molecules* 2017, 22.

- [287] A. V. Mossine, A. F. Brooks, K. J. Makaravage, J. M. Miller, N. Ichiishi, M. S. Sanford,
 P. J. Scott, *Org. Lett.* 2015, *17*, 5780–5783.
- [288] M. Tredwell, S. M. Preshlock, N. J. Taylor, S. Gruber, M. Huiban, J. Passchier, J. Mercier, C. Genicot, V. Gouverneur, *Angew. Chem. Int. Ed. Engl.* 2014, 53, 7751– 7755.
- [289] J. Zischler, N. Kolks, D. Modemann, B. Neumaier, B. D. Zlatopolskiy, *Chem. Eur. J.* 2017, 23, 3251–3256.
- [290] G. A. Molander, N. M. Ellis, J. Org. Chem. 2006, 71, 7491–7493.
- [291] J. A. Newby, L. Huck, D. W. Blaylock, P. M. Witt, S. V. Ley, D. L. Browne, *Chem. Eur. J.* 2014, 20, 263–271.
- [292] K. Durka, M. Urban, M. Dabrowski, P. Jankowski, T. Klis, S. Lulinski, ACS Omega 2019, 4, 2482–2492.
- [293] H. Otsuka, E. Uchimura, H. Koshino, T. Okano, K. Kataoka, J. Am. Chem. Soc. 2003, 125, 3493–3502.
- [294] X. Gao, Y. Zhang, B. Wang, Org. Lett. 2003, 5, 4615–4618.
- [295] S. Gamsey, N. A. Baxter, Z. Sharrett, D. B. Cordes, M. M. Olmstead, R. A. Wessling,B. Singaram, *Tetrahedron* 2006, *62*, 6321–6331.
- [296] M. Kitamura, T. Suzuki, R. Abe, T. Ueno, S. Aoki, *Inorg. Chem.* 2011, 50, 11568– 11580.
- [297] D. Duran, N. Wu, B. Mao, J. Xu, J. Liq. Chromatogr. Relat. Technol. 2007, 29, 661–672.
- [298] H. L. D. Hayes, R. Wei, M. Assante, K. J. Geogheghan, N. Jin, S. Tomasi, G. Noonan,
 A. G. Leach, G. C. Lloyd-Jones, *J. Am. Chem. Soc.* **2021**, *143*, 14814–14826.
- [299] R. Sens, K. H. Drexhage, J. Lumin. 1981, 24, 709–712.
- [300] W. Zhu, X. Chai, B. Wang, Y. Zou, T. Wang, Q. Meng, Q. Wu, Chem. Commun. 2015, 51, 9608–9611.
- [301] G. Fang, H. Wang, Z. Bian, J. Sun, A. Liu, H. Fang, B. Liu, Q. Yao, Z. Wu, *RSC Adv.* **2018**, *8*, 29400–29427.
- [302] M. Zhao, Y.-S. Guo, W.-N. Xu, Y.-F. Zhao, H.-Y. Xie, H.-J. Li, X.-F. Chen, R.-S. Zhao,
 D.-S. Guo, *Trends Anal. Chem.* 2020, 122.
- [303] C. Spahn, F. Hurter, M. Glaesmann, C. Karathanasis, M. Lampe, M. Heilemann, *Angew. Chem. Int. Ed. Engl.* **2019**, *58*, 18835–18838.
- [304] B. Hinkeldey, A. Schmitt, G. Jung, *Chemphyschem* **2008**, *9*, 2019–2027.
- [305] M. Laube, R. Wodtke, K. Kopka, T. Kniess, J. Pietzsch, Nucl. Med. Biol. 2021, 96-97.
- [306] M. E. Sergeev, M. Lazari, F. Morgia, J. Collins, M. R. Javed, O. Sergeeva, J. Jones, M. E. Phelps, J. T. Lee, P. Y. Keng, R. M. van Dam, *Commun. Chem.* 2018, 1.

- [307] D. Antuganov, M. Zykov, V. Timofeev, K. Timofeeva, Y. Antuganova, V. Orlovskaya,
 O. Fedorova, R. Krasikova, *Eur. J. Org. Chem.* 2019, 2019, 918–922.
- [308] T. C. Wilson, M. A. Xavier, J. Knight, S. Verhoog, J. B. Torres, M. Mosley, S. L. Hopkins, S. Wallington, P. D. Allen, V. Kersemans, R. Hueting, S. Smart, V. Gouverneur, B. Cornelissen, *J. Nucl. Med.* **2019**, *60*, 504–510.
- [309] M. Laube, M. Frizler, R. Wodtke, C. Neuber, B. Belter, T. Kniess, M. Bachmann, M. Gütschow, J. Pietzsch, R. Löser, *J. Label. Compd. Radiopharm.* 2019, *62*, 448–459.
- [310] M. Kuchar, C. Mamat, *Molecules* **2015**, *20*, 16186–16220.
- [311] J. Zielonka, J. Joseph, A. Sikora, M. Hardy, O. Ouari, J. Vasquez-Vivar, G. Cheng, M. Lopez, B. Kalyanaraman, *Chem. Rev.* 2017, *117*, 10043–10120.
- [312] J. Li, J. Lu, Y. Zhou, *Biomed Res. Int.* 2017, 2017, 5246853.
- [313] R. H. Seevers, R. E. Counsell, *Chem. Rev.* **2002**, *8*2, 575–590.
- [314] T. C. Wilson, G. McSweeney, S. Preshlock, S. Verhoog, M. Tredwell, T. Cailly, V. Gouverneur, Chem. Commun. 2016, 52, 13277–13280.
- [315] P. Zhang, R. Zhuang, Z. Guo, X. Su, X. Chen, X. Zhang, Chem. Eur. J. 2016, 22, 16783–16786.
- [316] S. W. Reilly, M. Makvandi, K. Xu, R. H. Mach, Org. Lett. 2018, 20, 1752–1755.
- [317] E. Dubost, H. McErlain, V. Babin, A. Sutherland, T. Cailly, J. Org. Chem. 2020, 85, 8300–8310.
- [318] M. Laube, F. Brandt, K. Kopka, H.-J. Pietzsch, J. Pietzsch, R. Loeser, R. Wodtke, Nucl. Med. Biol. 2021, 96-97, S79–S80.
- [319] D. G. Hall, *Boronic acids: preparation, applications in organic synthesis and medicine,* Wiley-VCH, Weinheim, **2006**.
- [320] K. Numasawa, K. Hanaoka, T. Ikeno, H. Echizen, T. Ishikawa, M. Morimoto, T. Komatsu, T. Ueno, Y. Ikegaya, T. Nagano, Y. Urano, *Analyst* 2020, *145*, 7736–7740.
- [321] C.-J. Zhao, D. Xue, Z.-H. Jia, C. Wang, J. Xiao, Synlett 2014, 25, 1577–1584.
- [322] P. A. Cox, A. G. Leach, A. D. Campbell, G. C. Lloyd-Jones, J. Am. Chem. Soc. 2016, 138, 9145–9157.
- [323] G. Zhang, Y. Li, J. Liu, *RSC Adv.* **2017**, *7*, 34959–34962.
- [324] D. E. Olberg, J. M. Arukwe, D. Grace, O. K. Hjelstuen, M. Solbakken, G. M. Kindberg,A. Cuthbertson, *J. Med. Chem.* 2010, *53*, 1732–1740.
- [325] J. W. Barton, D. J. Lapham, D. J. Rowe, J. Chem. Soc., Perkin Trans. 1 1985.
- [326] B. H. Rotstein, N. A. Stephenson, N. Vasdev, S. H. Liang, *Nat. Commun.* 2014, *5*, 4365.
- [327] J. Cardinale, J. Ermert, S. Humpert, H. H. Coenen, RSC Adv. 2014, 4, 17293–17299.
- [328] N. A. Stephenson, J. P. Holland, A. Kassenbrock, D. L. Yokell, E. Livni, S. H. Liang, N. Vasdev, J. Nucl. Med. 2015, 56, 489–492.

- [329] S. H. Liang, L. Wang, N. A. Stephenson, B. H. Rotstein, N. Vasdev, Nat. Protoc. 2019, 14, 1530–1545.
- [330] U. Mühlhausen, J. Ermert, H. H. Coenen, J. Label. Compd. Radiopharm. 2009, 52, 13–22.
- [331] A. V. Mossine, A. F. Brooks, N. Ichiishi, K. J. Makaravage, M. S. Sanford, P. J. Scott, Sci. Rep. 2017, 7, 233.
- [332] M. Schrader, *Masterarbeit*, Technische Universität Dresden, 2018.
- [333] J. R. Vane, *Nature New Biol.* **1971**, 231, 232–235.
- [334] M. J. Uddin, B. C. Crews, K. Ghebreselasie, L. J. Marnett, *Bioconjugate Chem.* 2013, 24, 712–723.
- [335] M. J. Uddin, B. C. Crews, I. Huda, K. Ghebreselasie, C. K. Daniel, L. J. Marnett, ACS Med. Chem. Lett. 2014, 5, 446–450.
- [336] M. J. Uddin, B. C. Crews, A. L. Blobaum, P. J. Kingsley, D. L. Gorden, J. O. McIntyre,
 L. M. Matrisian, K. Subbaramaiah, A. J. Dannenberg, D. W. Piston, L. J. Marnett,
 Cancer Res. 2010, *70*, 3618–3627.
- [337] T. Wang, Y. Hou, Y. Chen, K. Li, X. Cheng, Q. Zhou, X. Wang, *Dalton Trans.* 2015, 44, 12726–12734.
- [338] A. E. Machulkin, R. R. Shafikov, A. A. Uspenskaya, S. A. Petrov, A. P. Ber, D. A. Skvortsov, E. A. Nimenko, N. U. Zyk, G. B. Smirnova, V. S. Pokrovsky, M. A. Abakumov, I. V. Saltykova, R. T. Akhmirov, A. S. Garanina, V. I. Polshakov, O. Y. Saveliev, Y. A. Ivanenkov, A. V. Aladinskaya, A. V. Finko, E. U. Yamansarov, O. O. Krasnovskaya, A. S. Erofeev, P. V. Gorelkin, O. A. Dontsova, E. K. Beloglazkina, N. V. Zyk, E. S. Khazanova, A. G. Majouga, *J. Med. Chem.* **2021**, *64*, 4532–4552.
- [339] S. Robu, A. Schmidt, M. Eiber, M. Schottelius, T. Gunther, B. Hooshyar Yousefi, M. Schwaiger, H. J. Wester, *EJNMMI Res.* 2018, *8*, 30.
- [340] A. C. Baranski, M. Schäfer, U. Bauder-Wüst, M. Roscher, J. Schmidt, E. Stenau, T. Simpfendorfer, D. Teber, L. Maier-Hein, B. Hadaschik, U. Haberkorn, M. Eder, K. Kopka, *J. Nucl. Med.* 2018, *59*, 639–645.
- [341] C. A. Umbricht, M. Benešová, R. M. Schmid, A. Turler, R. Schibli, N. P. van der Meulen,C. Müller, *EJNMMI Res.* 2017, 7, 9.
- [342] R. Seifert, *Basiswissen Pharmakologie*, Springer, Berlin, Heidelberg, **2018**.
- [343] E. L. Rosenthal, J. M. Warram, E. de Boer, T. K. Chung, M. L. Korb, M. Brandwein-Gensler, T. V. Strong, C. E. Schmalbach, A. B. Morlandt, G. Agarwal, Y. E. Hartman, W. R. Carroll, J. S. Richman, L. K. Clemons, L. M. Nabell, K. R. Zinn, *Clin. Cancer Res.* 2015, *21*, 3658–3666.
- [344] G. R. Fulmer, A. J. M. Miller, N. H. Sherden, H. E. Gottlieb, A. Nudelman, B. M. Stoltz, J. E. Bercaw, K. I. Goldberg, *Organometallics* 2010, *29*, 2176–2179.

- [345] C. Würth, M. Grabolle, J. Pauli, M. Spieles, U. Resch-Genger, *Nat. Protoc.* 2013, *8*, 1535–1550.
- [346] M. Kreller, H. Pietzsch, M. Walther, H. Tietze, P. Kaever, T. Knieß, F. Füchtner, J. Steinbach, S. Preusche, *Instruments* **2019**, *3*.
- [347] T. Kanagasundaram, C. S. Kramer, E. Boros, K. Kopka, *Dalton Trans.* 2020, 49, 7294– 7298.
- [348] T. Kanagasundaram, M. Laube, J. Wodtke, C. S. Kramer, S. Stadlbauer, J. Pietzsch,K. Kopka, *Pharmaceuticals* 2021, 14.
- [349] S. Gamsey, V. Bernat, A. Kutyavin, J. W. Clary, S. Pradhan, WO2020006248A1, **2020**.
- [350] G. J. Lovinger, J. P. Morken, J. Am. Chem. Soc. 2017, 139, 17293–17296.
- [351] A. A. Wilson, L. Jin, A. Garcia, J. N. DaSilva, S. Houle, *Appl. Radiat. Isot.* 2001, 54, 203–208.
- [352] S. Dhami, A. J. D. Mello, G. Rumbles, S. M. Bishop, D. Phillips, A. Beeby, *Photochem. Photobiol.* **1995**, *61*, 341–346.
- [353] C. A. Schneider, W. S. Rasband, K. W. Eliceiri, *Nat. Methods* **2012**, *9*, 671–675.
- K. L. Chatalic, S. Heskamp, M. Konijnenberg, J. D. Molkenboer-Kuenen, G. M. Franssen, M. C. Clahsen-van Groningen, M. Schottelius, H. J. Wester, W. M. van Weerden, O. C. Boerman, M. de Jong, *Theranostics* 2016, *6*, 849–861.
- [355] R. Tonnesmann, P. T. Meyer, M. Eder, A. C. Baranski, *Pharmaceuticals* **2019**, *12*.

8. Danksagung

Zunächst möchte ich meinem Doktorvater Prof. Dr. Klaus Kopka danken, mich nach dem Freiwilligenpraktikum und der Masterarbeit ab 2018 als Doktorand am Deutschen Krebsforschungszentrum angenommen und mich mit diesem hochinteressanten Thema bedacht zu haben. Zudem bin ich Ihm sehr dankbar mich in bestmöglicherweise Weise betreut und in dem Forschungsfeld der radiopharmazeutischen Chemie in jeglicher Art unterstützt zu haben (z.B. durch Teilnahmen an Konferenzen und Summer Schools). Außerdem bin ich Ihm für das entgegengebrachte Vertrauen und der Möglichkeit während der Promotion einen Auslandsaufenthalt im Arbeitskreis von Prof. Eszter Boros in New York absolvieren zu dürfen sehr dankbar. All diese nicht selbstverständliche Unterstützung hat mir geholfen, meinen künftigen Karriereweg in diesem Fachbereich zu formen und weiter auszubauen. Das werde ich nicht vergessen.

Im selben Zuge möchte ich mich auch bei Prof. Dr. Peter Comba für die Annahme als Doktorand an der Universität Heidelberg bedanken. Seit dem Forschungspraktikum im Jahr 2016 (Betreuer: Dr. Asha Roberts) durfte ich von Prof. Comba kontinuierliche Unterstützung erfahren. Zudem bin ich Ihm sehr dankbar für die herzliche Aufnahme und Integration in seinen Arbeitskreis, der Zeit und Möglichkeit für den regelmäßigen wertvollen Austausch über viele verschiedene Themen hinweg und das trotz teilweise großer Distanz. Außerdem möchte ich mich auch für die Teilnahme und dem Wissensaustausch während der "Thesis advisory commitee"-Meetings bedanken. Der Arbeitsgruppe um Prof. Comba (insbesondere auch Maik Jakob) danke ich ebenfalls für die familiäre Umgebung, in der ich mich gut aufgehoben gefühlt habe und der Hilfsbereitschaft für Messungen jeglicher Art.

Prof. Dr. Eszter Boros danke ich für die Chance und Möglichkeit einen Teil der Doktorarbeit in Ihrem Arbeitskreis an der Stony Brook University in New York absolvieren zu dürfen. Für die herzliche Aufnahme und der schnellen Integration in Ihren tollen Arbeitskreis bin ich Ihr sehr dankbar. Ebenfalls bedanke ich mich bei Ihrer ganzen Arbeitsgruppe für die freundliche Aufnahme und der tatkräftigen Unterstützung. I am highly grateful for the support from Dr. Brett Vaughn, Dr. Grace Ahn, Dr. Alexia Cosby, Kirsten Martin, Dr. Apurva Pandey, Angus Koller and Piyusha Lotlikar. Durch diesen Kurzaufenthalt in New York konnte ich sowohl persönlich als auch karrieretechnisch eine Menge für meinen weiteren Lebensweg mitnehmen.

Bei Martin Schäfer möchte ich mich herzlichst für die vielen fachlichen und persönlichen Gespräche während der Zeit am Deutschen Krebsforschungszentrum bedanken. Durch Ihn konnte ich bereits ab dem Praktikum 2017 wichtige Fundamente der Radiochemie erlernen und dadurch viel Freude in diesem Fachbereich entwickeln, sodass er einen wegweisenden Schritt für meine künftigen Karriereentscheidungen in diesem Fachbereich geleistet hat.

Außerdem möchte ich mich bei Dr. Lindsay Murrells und dem Helmholtz International Graduate School for Cancer Research für die kontinuierliche Unterstützung aber auch für die Vergabe eines Reisestipendium zur Realisierung des Forschungsaufenthalts in New York bedanken. Im diesem Zuge danke ich auch der FAZIT-Stiftung (FAZIT-STIFTUNG Gemeinnützige Verlagsgesellschaft mbH) für eine weitere Reisekostenbeihilfe für den US-Gastaufenthalt.

Dr. Aubry Miller danke ich für die Teilnahme an den "Thesis advisory commitee"-Meetings und der angebotenen fachlichen Gespräche, welche mir stets weitergeholfen haben.

Bei Dr. Markus Laube möchte ich mich für die Unterstützung in den Radiomarkierungsexperimenten, der zahlreichen Korrekturen und generell für die überragende Laborbetreuung in jeglicher Hinsicht bedanken. Durch diese Betreuung konnte ich wertvolle Erfahrungen mitnehmen.

Ebenfalls bedanke ich mich bei meiner Bachelorstudentin Antje Timmermann, welche im Rahmen Ihrer Bachelorarbeit am Deutschen Krebsforschungszentrum, eine tolle Arbeit abgeliefert hat.

Dr. Cornelius Donat danke ich für die Übernahme und Durchführung der *in vitro* und *in vivo* Experimente.

Sandra Casula danke ich sehr für die stets schnelle Bearbeitung der organisatorischen Angelegenheiten und der generellen Unterstützung.

Dr. Dr. Carsten Sven Kramer danke ich für die ausführliche Einarbeitung in das Thema der Si-Rhodamine, der guten Betreuung am Deutschen Krebsforschungszentrum und der vielen ausführlichen Korrekturarbeiten.

Ich bedanke mich sehr bei Dr. Mareike Roscher, Ulrike Bauder-Wüst und Dr. Ann-Christin Eder für die Wissensvermittlung über Tumormodelle und der vielen Möglichkeiten kurz in die Biologie eintauchen zu dürfen.

Außerdem bin ich Yvonne Remde für die hilfreiche Einarbeitung in die Radiofluorierungen und der generellen Unterstützung im Labor sehr dankbar.

Ich danke dem organisch-chemischen Institut in Heidelberg für die Messungen der Massenspektren und der angebotenen Unterstützung.

Außerdem möchte ich mich bei allen Wegbegleitern vom Deutschen Krebsforschungszentrum für die vielen interessanten und lustigen Gespräche aber auch der generell schönen Atmosphäre bedanken. Hierzu zählen vor allem Mohammadreza Kamali Sarvestani, Rebekka Haderspeck, Dr. Anja Wacker, Markus Reber, Viplav Gupta, Daniel Burkert, Andreas Sold, Dr. Martina Benešová, Jana Schmidt, Luisa Deberle, Sarah Schweitzer, Dr. Christos Liolios, Ines Katzschmann, Heike Marx, Dr. Ute Hennrich, Jonas Scheuber, Jan Weber und Dr. Ata Makarem.

Des Weiteren möchte ich mich bei allen Kollegen am Helmholtz-Zentrum Dresden-Rossendorf bedanken. Dabei gilt mein Dank Frau Marita Kersten für die Übernahme vieler organisatorischer Angelegenheiten.

Außerdem danke ich allen nach dem Umzug ins HZDR für die herzliche Aufnahme und der damit verbundenen Unterstützung, der ich sehr verbunden bin. Hierzu zählt vor allem die Gruppe um Dr. Hans-Jürgen Pietzsch: Dr. David Bauer, Dr. Falco Reissig, Madlen Matterna, Bianca Kreisl, Christian Jentschel, Brigitte Große, Dr. Constantin Mamat, Dr. Robert Wodtke, Dr. Kristof Zarschler, Karin Landrock und Utta Herzog.

Im selben Zuge gilt ebenfalls der Dank der Arbeitsgruppe um Prof. Dr. Jens Pietzsch. Hierbei bedanke ich mich vor allem bei Johanna Wodtke für die sehr unkomplizierte Betreuung und der großen Hilfe und Unterstützung in den Zellexperimenten.

Unserer stetig wachsenden Arbeitsgruppe FWPL und Dr. Sven Stadlbauer danke ich für die Unterstützung jeglicher Art. Zudem danke ich Dr. Oliver Kiß und Dr. Tanmaya Joshi für viele wertvolle Gespräche und den sehr nützlichen Karrieretipps und ebenso auch Kathrin Wewers für viele organisatorische Angelegenheiten und den netten Gesprächen.

Ich danke auch Dr. Sven Elbert (Arbeitskreis von Prof. Dr. Michael Mastalerz) für die hervorragende Betreuung meiner damaligen Bachelorarbeit (2015). In dieser kurzen Zeit konnte ich jede Menge Erfahrungen sammeln, sodass er maßgeblich an meinen ersten Schritten in die Wissenschaft beteiligt war.

Ich danke meiner Familie von ganzem Herzen, für die moralische Unterstützung und dass sie mir mit Rat und Tat zur Seite steht und mir außerdem ein sorgenloses Chemiestudium ermöglichen konnte.

9. Eidesstattliche Versicherung

§ 8 der Promotionsordnung der Naturwissenschaftlich-Mathematischen Gesamtfakultät der Universität Heidelberg

1. Bei der eingereichten Dissertation zum Thema "Die Synthese von radiomarkierten Silizium-Rhodaminen als Fluoreszenzfarbstoffe für die bimodale molekulare und optische Bildgebung" handelt es sich um meine eigenständig erbrachte Leistung.

2. Ich habe nur die angegebenen Quellen und Hilfsmittel benutzt und mich keiner unzulässigen Hilfe Dritter bedient. Insbesondere habe ich wörtlich oder sinngemäß aus anderen Werken übernommene Inhalte als solche kenntlich gemacht.

3. Die Arbeit oder Teile davon habe ich bislang nicht an einer Hochschule des In- oder Auslands als Bestandteil einer Prüfungs- oder Qualifikationsleistung vorgelegt.

4. Die Richtigkeit der vorstehenden Erklärungen bestätige ich.

5. Die Bedeutung der eidesstattlichen Versicherung und die strafrechtlichen Folgen einer unrichtigen oder unvollständigen eidesstattlichen Versicherung sind mir bekannt.

Ich versichere an Eides statt, dass ich nach bestem Wissen die reine Wahrheit erklärt und nichts verschwiegen habe.

Ort und Datum

Unterschrift