УЛК 539.1:546.05

# ИССЛЕДОВАНИЯ НАНОМАТЕРИАЛОВ ДЛЯ РЕНТГЕНОВСКОЙ ФОТОДИНАМИЧЕСКОЙ ТЕРАПИИ

© 2021 г. М. А. Солдатов<sup>а</sup>, П. В. Медведев<sup>а</sup>, В. В. Бутова<sup>а</sup>, В. А. Поляков<sup>а</sup>, И. Е. Горбань<sup>а</sup>, Чжэню Ли<sup>а</sup>, А. В. Солдатов<sup>а</sup>, \*

<sup>а</sup> Международный исследовательский институт интеллектуальных материалов, Южный федеральный университет, Ростов-на-Дону, 344090 Россия

\*e-mail: soldatov@sfedu.ru
Поступила в редакцию 28.02.2019 г.
После доработки 22.03.2020 г.
Принята к публикации 25.03.2020 г.

Был разработан прототип установки для исследования рентгенофлуоресцентных свойств наноматериалов для рентгеновской фотодинамической терапии. Проведено исследование рентгенофлуоресцентных характеристик наноматериалов на основе фторидов гадолиния. Для серий образцов были получены спектры рентгенофлуоресценции в области 600—700 нм, что позволяет сделать вывод о перспективности подобных материалов для применения в качестве компонентов радиосенсибилизаторов для рентгеновской фотодинамической терапии. Полученные данные важны для оптимизации характеристик наноматериалов и для дальнейшей модификации параметров методик синтеза новых материалов для рентгеновской фотодинамической терапии.

**Ключевые слова:** наночастицы, рентгеновская фотодинамическая терапия, диагностика рентгенофлуоресценции.

**DOI:** 10.31857/S1028096021010143

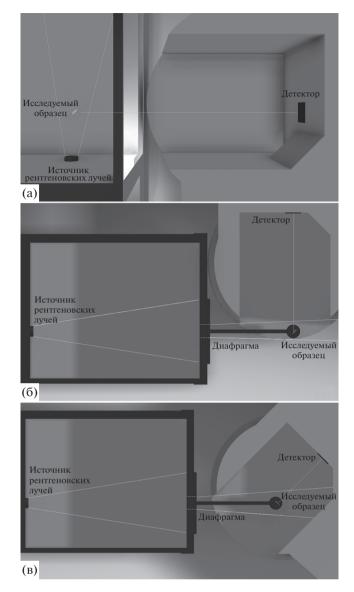
#### **ВВЕДЕНИЕ**

Онкологические заболевания по распространенности и летальности занимают одно из лидирующих мест среди социально значимых патологий [1]. Многие типы онкологических опухолей обладают резистивностью к тем или иным видам противоопухолевой терапии, поэтому развитие новых видов терапии является крайне важной задачей, особенно для развития подходов персонализированной медицины [2]. Фотодинамическая терапия (в оптическом диапазоне излучения) стала в последнее время одним из важных методов лечения целого ряда онкологических опухолей с неглубокой локацией [2, 3]. Однако достаточна малая эффективная глубина проникновения излучения в ткани существенно ограничивает перечень видов опухолей, поддающихся лечению с помощью фотодинамической терапии оптического диапазона [4]. В отличие от излучения оптического диапазона, фотоны рентгеновского и гамма-диапазона с более высокой энергией легко проникают в глубокие ткани организма [5]. Однако в настоящее время практически не существует допушенных к медицинскому применению биосовместимых фотосенсибилизаторов для рентгеновского и гамма-диапазона фотодинамической терапии. Рентгеновская фотодинамическая терапия является новой областью, которая открывает перспективы ее использования для терапии глубоколежащих опухолей [7—17]. Целью настоящей работы было исследование рентгенофлуоресценции наноматериалов для их возможного применения в рентгеновской фотодинамической терапии.

#### ЭКСПЕРИМЕНТАЛЬНАЯ ЧАСТЬ

Для измерения рентгенофлуоресценции была собрана установка на базе рентгеновского прибора Phywe X-гау (U= 35 кВ, I= 1 мА) для генерации рентгеновских лучей и флуориметра Agilent Cary Eclipse для детектирования спектров рентгенофлуоресценции. Для отсечения излучения в видимом диапазоне от рентгеновского спектра использовался фильтр из алюминиевой фольги толщиной 20 мкм. Были протестированы три различные конфигурации размещения приборов.

В конфигурации "А" (рис. 1а) исследуемый образец в виде спрессованной таблетки помещали максимально близко к источнику рентгеновских лучей. Положение и ориентация образца были подобраны таким образом, чтобы плоскость таблетки была под углом 45° и к направлению распространения рентгеновских лучей, и к оси фокусировки детектора флуориметра. Между исследуемым образцом и флуориметром установле-



**Рис. 1.** Схема установки: а — конфигурация "A"; б — конфигурация "Б"; в — конфигурация "В". Слева по-казана диафрагма рентгеновского прибора, справа — специализированный держатель образцов и кюветное отделение флуориметра.

но поглощающее рентгеновские лучи стекло. За счет близкого расположения образца к рентгеновской трубке достигается наибольшая светимость. Недостатком же является защитное стекло, поглощающее ~15% света в видимой области.

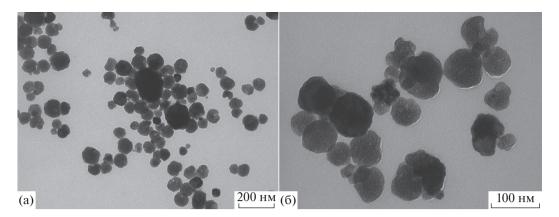
В конфигурации "Б" (рис. 16) исследуемый образец также помещали на оси распространения рентгеновских лучей на специализированном держателе, распечатанном на 3D принтере. В отличие от конфигурации "А" исследуемый образец находился на большем расстоянии от рентгеновской трубки. В данной конфигурации отсутствует поглощающее рентгеновские лучи стекло, которое также ослабляет интенсивность прошед-

шего через него света в видимом диапазоне. Однако ввиду большей дистанции от рентгеновской трубки интенсивность свечения образца существенно меньше, чем в случае "А". Для снижения влияния рентгеновского излучения на соотношение сигнал—шум перед образцом была установлена свинцовая диафрагма.

Конфигурация "В" (рис. 1в) схожа с вышеописанной конфигурацией. Разница заключается в том, что образец установлен ближе к окну детектора флуориметра, и плоскость таблетки параллельна плоскости окна детектора. При данном способе измерения ожидали получить лучшее соотношение сигнал—шум за счет более близкой установки образца к предполагаемому месту фокуса флуориметра. Недостатком является повышенная интенсивность рассеянного на стенках прибора рентгеновского излучения, что при недостатке защитного стекла приводит к ухудшению соотношения сигнал—шум.

Существует несколько классов рентгеновских люминофоров. Весьма перспективными представляются наночастицы, легированные ионами группы редкоземельных элементов. Такие материалы могут поглощать рентгеновское излучение, излучать кванты оптического диапазона. Был предложен наносцинтиллятор на основе LiGa<sub>5</sub>O<sub>8</sub>:Cr, который излучает в ближней инфракрасной области [18]. Это позволяет получать оптические изображения глубоких тканей, которые можно использовать для контроля экспозиции. В частности, наночастицы LiGa<sub>5</sub>O<sub>8</sub>:Сr и фотосенсибилизатор 2,3-нафталоцианина можно заключать в наночастицы мезопористого диоксида кремния. Такие наноконъюгаты могут эффективно накапливаться в опухолях легких, о чем свидетельствует мониторинг рентгеновской люминесценции LiGa<sub>5</sub>O<sub>8</sub>:Cr [18]. Представляет интерес рассмотрение и ряда композиций, легированных ионами Gd<sup>3+</sup> и Eu<sup>3+</sup> фторидов лантаноидов (например, NaGdF<sub>4</sub>:Eu<sup>3+</sup>), которые позволяют оптимизировать параметры излучения при рентгеновском возбуждении [19]. Было показано, что попытка включения иона  $Ce^{3+}$  в NaGdF<sub>4</sub>: Eu<sup>3+</sup> привела к снижению излучения после рентгеновского возбуждения. А покрытие поверхности наночастиц NaGdF<sub>4</sub>:Eu<sup>3+</sup> золотой оболочкой уменьшило рентгеновское свечение в два раза по сравнению с непокрытыми люминофорами.

Синтез NaGdF<sub>4</sub>:Ce<sup>3+</sup>,Eu<sup>3+</sup>—CT проводили сольвотермальным методом: 0.8 ммоль (210.9 мг) хлорида гадолиния(III), 0.8 ммоль (347.3 мг) гексагидрата нитрата церия(III) и 0.8 ммоль (206.6 мг) хлорида европия(III) растворяли в 4 мл дистиллированной воды. Отдельно растворяли 1.6 ммоль (412.9 мг) цитрата натрия в 8 мл дистиллированной воды. Растворы сливали, немедленно выпадал белый осадок. Суспензию нагревали до температуры  $90^{\circ}$ С и затем приливали раствор 16 ммоль (672 мг) фторида натрия в 16 мл дистил-



**Рис. 2.** Изображения NaGdF<sub>4</sub>:Се,Eu-MB, полученные в просвечивающем электронном микроскопе при разных увеличениях.

лированной воды. Полученную дисперсию выдерживали 2 ч при температуре 90°С. Затем частицы промывали три раза дистиллированной водой методом центрифугирования и сушили при 60°С. Полученный образец обозначен как NaGdF<sub>4</sub>:Се, Еu. Высушенный образец диспергировали в 30 мл дистиллированной воды и затем помещали в тефлоновый автоклав. Синтез проводили при 210°С в течение 1 ч. Полученный материал снова промывали один раз дистиллированной водой и сушили при 60°С. Полученный образец обозначен как NaGdF<sub>4</sub>:Се, Eu—СТ (сольвотермальный).

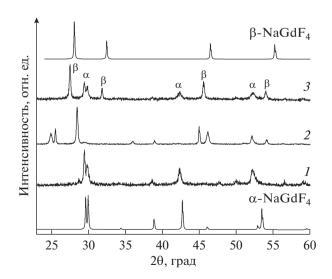
Синтез NaGdF<sub>4</sub>:Ce<sup>3+</sup>,Eu<sup>3+</sup>-MB осуществляли микроволновым методом -0.8 ммоль (210.9 мг) хлорида гадолиния(III), 0.8 ммоль (197.2 мг) хлорида церия(III) и 0.8 ммоль (206.6 мг) хлорида европия(III) растворяли в 4 мл дистиллированной воды. Отдельно растворяли 1.6 ммоль (412.9 мг) цитрата натрия в 8 мл дистиллированной воды. Растворы сливали, немедленно выпадал белый осадок. Суспензию нагревали до 90°С и затем приливали раствор 16 ммоль (672 мг) фторида натрия в 16 мл дистиллированной воды. Полученную дисперсию выдерживали 2 ч при температуре 90°С. Затем смесь переносили в тефлоновую ампулу и помещали в микроволновую печь СЕМ Mars6. Условия микроволнового синтеза: время подъема температуры 20 мин, время выдерживания 1 ч, температура 210°C, мощность 600 Вт. Полученный материал промывали три раза дистиллированной водой и сушили при 60°C. Образец обозначен NaGdF<sub>4</sub>:Ce, Eu–MB (микроволновый).

## РЕЗУЛЬТАТЫ И ИХ ОБСУЖДЕНИЕ

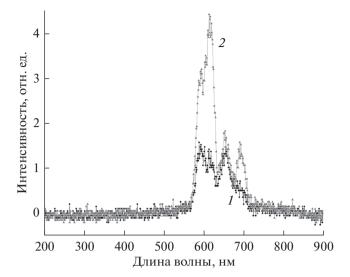
Средний размер синтезированных наночастиц не превышает 100 нм (рис. 2). Как видно из рентгеновских дифрактограмм, синтезированные образцы  $NaGdF_4$  представляют собой смесь фаз, основной является гексагональная фаза  $\alpha$ - $NaGdF_4$  (рис. 3). Уширение пиков связано с мелким раз-

мером частиц. Осадок, полученный при температуре  $90^{\circ}$ С, соответствует однофазному продукту, однако при дополнительной обработке в автоклаве наблюдается фазовый переход. В образце NaGdF<sub>4</sub>:Ce,Eu-MB идентифицируются две фазы — гексагональная  $\alpha$ -NaGdF<sub>4</sub> (данные из базы PDF #27-0699) и кубическая  $\beta$ -Gd<sub>4</sub>F<sub>6</sub>O<sub>3</sub> (#27-0697).

При измерении рентгенофлуоресценции более интенсивный сигнал для стандартного рентгенолюминофора удалось получить в случае конфигурации "А". Поэтому все измерения проводили с использованием этой конфигурации. Удаленность образца от источника рентгеновских фотонов и детектора оптического излучения, а также малая мощность источника (U= 35 кВ, I= 1 мА) были существенным ограничением при проведении измерений. Тем не менее, для ряда образцов на осно-



**Рис. 3.** Дифрактограммы синтезированных образцов: NaGdF<sub>4</sub>:Ce,Eu ( *I*), NaGdF<sub>4</sub>:Ce,Eu—CT ( *2*), NaGdF<sub>4</sub>: Ce,Eu—MB ( *3*).

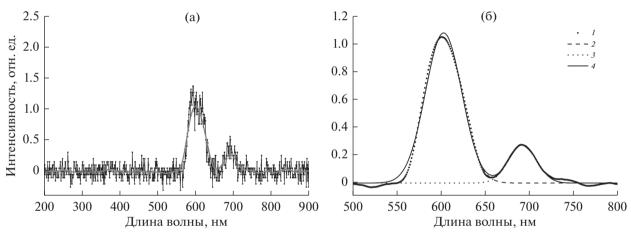


**Рис. 4.** Спектры рентгенофлуоресценции образцов на базе фторидов гадолиния:  $I-{\rm NaGdF_4}$ : Eu $^{3+}$ -CT,  $2-{\rm NaGdF_4}$ : Eu $^{3+}$ -MB.

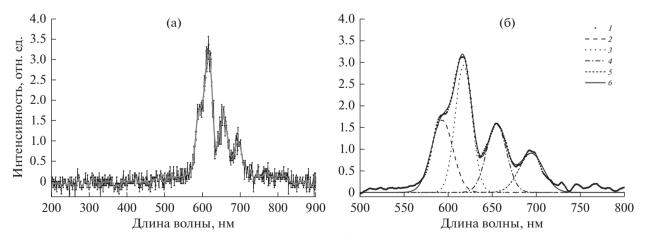
ве фторидов гадолиния были успешно зарегистрированы спектры рентгенофлуоресценции (рис. 4).

При анализе спектров рентгенофлуоресценции вычитали фоновый спектр (с максимумом при 660 нм), измеренный при выключенном рентгеновском источнике. Спектры рентгенофлуоресценции были проанализированы путем усреднения сигнала по точкам и дальнейшей аппроксимации пиков с помощью функции Гаусса. Было установлено, что спектр рентгенофлуоресценции образца NaGdF<sub>4</sub>:Eu<sup>3+</sup>—CT имеет максимумы при длинах волн 603 и 693 нм (рис. 5).

Самый большой выход рентгенофлуоресценции получен для образца NaGdF<sub>4</sub>:Eu<sup>3+</sup>—MB. После подгонки четырех пиков функцией Гаусса было установлено, что максимумы флуоресценции приходятся на длины волн 593, 618, 655 и 694 нм (рис. 6). Стоит отметить, что основной вклад в спектр вносят переходы  $^5D_0 \rightarrow ^7F_J$ с эмиссией Eu<sup>3+</sup> на длинах волн (587, 612, ~700 нм) [6].



**Рис. 5.** Спектр рентгенофлуоресценции материала  $NaGdF_4$ :Eu<sup>3+</sup>—CT (a): точки — эксперимент; сплошная линия — усреднение экспериментальных данных. Результаты подгонки с помощью функции Гаусса (б): I — усреднение экспериментальных данных; 2 — вклад пика при 603 нм; 3 — вклад пика при 693 нм; 4 — результаты подгонки.



**Рис. 6.** Спектр рентгенофлуоресценции материала NaGdF<sub>4</sub>:  $Eu^{3+}$ —MB (a): точки — эксперимент; сплошная линия — усреднение экспериментальных данных. Результаты подгонки с помощью функции Гаусса (б): I — усреднение экспериментальных данных; 2 — вклад пика при 593 нм; 3 — вклад пика при 618 нм; 4 — вклад пика при 655 нм; 5 — вклад пика при 694 нм; 6 — результаты подгонки.

Судя по всему, из-за низкой интенсивности рентгеновского источника пики при 587 и 612 нм не удалось разделить для образца  $NaGdF_4$ : $Eu^{3+}$ —CT. Для образца  $NaGdF_4$ : $Eu^{3+}$ —MB удалось разделить вклады пиков 593, 618, 655 и 694 нм.

### ЗАКЛЮЧЕНИЕ

Для серий образцов на основе фторидов гадолиния были получены спектры рентгенофлуоресценции в области 600—700 нм, что позволяет сделать вывод о перспективности подобных материалов для применения в качестве компонента радиосенсибилизаторов для рентгеновской фотодинамической терапии. Полученные данные важны для оптимизации характеристик наноматериалов и для дальнейшей модификации параметров методик синтеза новых материалов для рентгеновской фотодинамической терапии.

#### БЛАГОДАРНОСТИ

Исследование выполнено при поддержке Российского научного фонда (проект № 19-15-00305).

#### СПИСОК ЛИТЕРАТУРЫ

- Kelly W.K., Halabi S. Oncology Clinical Trials. Springer, 2018. 600 p.
- Fan W., Huang P., Chen X. // Chem. Soc. Rev. 2016.
   V. 45. P. 6488.
   https://doi.org/10.1039/c6cs00616g
- 3. *Yi G.*, *Hong S.H.*, *Son J. et al.* // Quant. Imaging Med. Surg. 2018. V. 8. P. 433.
- Kamkaew A., Chen F., Zhan Y. et al. // ACS Nano. 2016.
   V. 10. № 4. P. 3918. https://doi.org/10.1021/acsnano.6b01401
- Zhang X., Zhu S., Li Y. et al. // Biomed. Eng. Online. 2018. V. 17. P. 45. https://doi.org/10.1186/s12938-018-0480-x

- Sudheendra L., Gautom K. D., Li Ch. et al. // Chem. Mater. 2014. V. 26. P. 1881. https://doi.org/10.1021/cm404044n
- Sivasubramanian M., Chuang Y.C., Lo L.W. // Molecules. 2019. V. 24. P. 520. https://doi.org/10.3390/molecules24030520
- 8. Larue L., Ben Mihoub A., Youssef Z. et al. // Photochem. Photobiol. Sci. 2018. V. 17. P. 1612. https://doi.org/10.1039/c8pp00112j
- Pogue B. W., Wilson, B. C. // J. Biomed. Opt. 2018. V. 23. P. 1. https://doi.org/10.1117/1.JBO.23.12.121610
- Misawa M., Takahashi J. // Nanomedicine. 2011. V. 7. P. 604. https://doi.org/10.1016/j.nano.2011.01.014
- Elmenoufy A.H., Tang Y., Hu J. et al. // Chem. Commun. 2015. V. 51. P. 12247. https://doi.org/10.1039/c5cc04135j
- Fan W., Huang P., Chen X. // Chem. Soc. Rev. 2016.
   V. 45. P. 6488.
   https://doi.org/10.1039/c6cs00616g
- Chen H., Wang G.D., Chuang Y.J. et al. // Nano. Lett. 2015. V. 15. P. 2249. https://doi.org/10.1021/nl504044p
- Fan W., Tang W., Lau J. et al. // Adv. Mater. 2019. V. 31. P. 1806381. https://doi.org/10.1002/adma.201806381
- 15. Cline B., Delahunty I., Xie J. // WIREs Nanomed. Nanobiotechnol. 2019. V. 11. P. 1541. https://doi.org/10.1002/wnan.1541
- Kaščáková S., Giuliani A., Lacerda S. et al. // Nano. Res. 2015. V. 8. P. 2373. https://doi.org/10.1007/s12274-015-0747-5
- Chen H.P., Tung F.I., Chen M.H., Liu T.Y. // J. Control. Release. 2016. V. 226. P. 182. https://doi.org/10.1016/i.jconrel.2016.02.025
- 18. Chen H., Sun X., Wang G.D. et al. // Mater. Horiz. 2017. V. 4. P. 1092.
  - https://doi.org/10.1039/C7MH00442G
- Sudheendra L., Das G.K., Li C. et al. // Proc. SPIE. 2013. V. 8596. Reporters, Markers, Dyes, Nanoparticles, and Molecular Probes for Biomedical Applications V, 85960D. https://doi.org/10.1117/12.2005250

## Study of Nanomaterials for X-Ray Photodynamic Therapy

M. A. Soldatov<sup>1</sup>, P. V. Medvedev<sup>1</sup>, V. V. Butova<sup>1</sup>, V. A. Polyakov<sup>1</sup>, I. E. Gorban<sup>1</sup>, G. Li<sup>1</sup>, A. V. Soldatov<sup>1</sup>, \*

<sup>1</sup>Smart Materials Research Institute, Southern Federal University, Rostov-on-Don, 344090 Russia \*e-mail: soldatov@sfedu.ru

A prototype of an apparatus for studying the X-ray fluorescence properties of nanomaterials for X-ray photodynamic therapy was developed. The X-ray fluorescence characteristics of nanomaterials based on gadolinium fluorides were studied. For a series of samples, X-ray fluorescence spectra were obtained in the region of 600–700 nm, which allows concluding such materials to be promising for use as components of radiosensitizers for X-ray photodynamic therapy. The data obtained are important for optimizing the characteristics of nanomaterials and for further modification of the parameters of the methods for synthesizing new materials for X-ray photodynamic therapy.

**Keywords:** nanoparticles, X-ray photodynamic therapy, X-ray fluorescence diagnostics.