щи нескольких циклов центрифугирования при 20000 g в течение 30 мин.

Описанный метод позволяет синтезировать наночастицы размером 180 нм с индексом полидисперсности менее 0,2. Варьируя pH и концентрацию раствора желатина, а также объем плохого растворителя можно регулировать размер наночастиц в пределах от 120 до 500 нм.

Преимуществами описанного метода является возможность синтезировать наночастицы из желатина с любым числом Блума. Традиционные подходы к синтезу желатиновых наночастиц

Список литературы

- Gomez-Guillen M.C., Gimenez B., Lopez-Caballero M.E., Montero M.P. // Food Hydrocolloids, 2011. – V. 25. – I. 8. – P. 1813–1827.
- Bello A.B., Kim D., Kim D., Park H., Lee S.H. // Tissue engineering. Part B, Reviews, 2020. – V. 26. – I. 2. – P. 164–180.
- 3. Clark C.C., Aleman J., Mutkus L., Skardal A. // Bioprinting, 2019. – V. 16. – статья № e00058.
- 4. Feng X., Dai H., Ma L., Fu Y., Yu Y., Zhou H.,

методом десольватации, требуют осуществлять предварительное осаждение низкомолекулярных фракций, а также длительное контролируемое перемешивание раствора желатина и медленное (несколько мл/мин) добавления плохого растворителя [6]. Предложенный нами метод позволяет преодолеть эти ограничения и существенно упростить синтез желатиновых наночастиц.

Исследование выполнено при поддержке Российского фонда фундаментальных исследований, проект № 19-015-00408 А.

Guo T., Zhu H., Wang H., Zhang Y. // Colloids and Surfaces B: Biointerfaces, 2020. – V. 196. – статья № 111294.

- 5. Varanko A., Saha S., Chilkoti A. // Advanced drug delivery reviews. V. 156. P. 133–187.
- Geh K.J., Hubert M., Winter G. // Journal of microencapsulation, 2016. – V. 33. – I. 7. – P. 595– 604.

МОДЕЛИРОВАНИЕ ПЬЕЗОЭЛЕКТРИЧЕСКОГО ОТКЛИКА БИОРЕЗОРБИРУЕМЫХ ПОЛИМЕРНЫХ ВОЛОКОН НА ОСНОВЕ ПОЛИ-3-ОКСИБУТИРАТА

П.В. Чернозем, Р.В. Чернозем, М.А. Сурменева Научный руководитель – д.т.н., доцент Р.А. Сурменев

Национальный исследовательский Томский политехнический университет 634050, Россия, Томск, проспект Ленина, 30, rsurmenev@mail.ru

Введение. Поли-3-оксибутират (ПОБ) – один из наиболее широко используемых синтетических биоразлагаемых полимеров в тканевой инженерии из-за отсутствия токсичности продуктов его метаболизма. Кроме того, ПОБ обладает пьезоэлектрическими свойствами, которые позволяют оказывать электромеханическую стимуляцию клеток, что ускоряет восстановление поврежденных тканей, в особенности, при применении 3D скэффолдов, имитирующих внеклеточный матрикс [1]. Однако, кристаллическая структура ПОБ, определяющая его пьезосвойства, до сих пор недостаточно полно изучена. Доминантная орторомбическая α-фаза ПОБ [2] демонстрирует сдвиговые пьезоэлектрические константы (d_{14}, d_{25}, d_{36}) [3], изучение которых является трудной научно-технической задачей даже с помощью высокотехнологических методов, как сканирующая зондовая микроскопия (C3M). Таким образом, цель данной научно-исследовательской работы заключается в моделировании прямого и обратного пьезоэффектов микроволокна на основе ПОБ.

Методы. Моделирование прямого и обратного пьезоэлектрических эффектов ПОБ волокна (рис. 1) длиною 4 мкм и радиусом кривизны 2 мкм было выполнено с помощью метода конечных элементов в Comsol Multiphysics v.5.6 (Швеция). Плоская поверхность волокна, представляющая собой заземленную подложку, была статична. При моделировании прямого пьезоэффекта давление составляло 1 МПа (рис. 1а). При обратном пьезоэффекте разность потенциалов между заземленной подложкой и линией длиною 50 нм в верхней части волокна (рис. 1б), имитирующей область контакта волокна с проводящим зондом СЗМ, составляла 9 В. Значения матрицы упругих свойств α-фазы ПОБ [2] и пьезоэлектрических коэффициентов $d_{14} = -1$ или $-2 \text{ пK/H [4]}; |d_{25}| = |-d_{14}|; d_{36} = d_{25}$ взяты из литературных данных.

Результаты и их анализ. Из полученных результатов видно, что при прямом пьезоэффекте максимальные значения пьезопотенциала α-фазы ПОБ различной полярности наблюдаются в радиальном направлении вблизи заземленной подложки (рис. 1а). Кроме того, при обратном пьезоэффекте «скручивающее» смещение (деформация) наблюдается в верхней части волокна (50 нм), имитирующей область контакта с зондом СЗМ (рис. 16).

Также, видно (таблица 1), что двукратное увеличение значений сдвиговых пьезоэлектрических констант α-фазы ПОБ приводит к пропорциональному увеличению максимальных значений пьезоотклика – потенциала и смещения (деформации) волокна.

Заключение. Полученные результаты моделирования пьезоотклика α-фазы ПОБ волокон будут необходимы при изучении электромеханических свойств других кристаллических фаз ПОБ, а также анализе биологического взаимодействия имплантатов на основе ПОБ в динамических механических условиях.

Исследование выполнено при финансовой поддержке РНФ №20-63-47096 и стипендии Президента РФ (СП-509.2021.4).

Таблица 1. Максимальное значение потенциала/смещения

Константы, пК/Н	Потенциал, мВ	Смещение, пм
$d_{14} = -1; d_{25} = 1; d_{36} = 1$	3,07	x - 1,1; y - 2,2; z - 0,3
$d_{14} = -2; d_{25} = 2, d_{36} = 2$	6,14	x - 2,1; y - 4,3; z - 0,7



Рис. 1. (а) Распределение потенциала при прямом пьезоэффекте; (б) Распределение смещения при обратном пьезоэффекте

Список литературы

- 1. Chernozem R.V., et al. // ACS Applied Materials & Interfaces, 2019. – №11. – P. 19522–19533.
- 2. Wang H., Tashiro K. // ACS Macromolecules, 2016. №49. №2. 5810–594.
- Най Дж. Физические свойства кристаллов. – М.: Издательство Иностранной литературы, 1960. – 152 с.
- Tandon B., et al.//Acta Biomaterialia, 2018. №73. – 1–20.