	1 , , ,	1			_
Номер образца	Концентрация раствора ацетата натрия, % (масс.)	Плотность тока, А/см ²	S _{уд} (БЭТ), м²/г	V_{μ} , cm^3/Γ	d _{пор} , нм
1	3	1	5,093	0,012	4,244
2	3	1	8,228	0,029	3,319

Таблица 1. Параметры пористой структуры продуктов электролиза кадмия (1) и кадмия и меди (2) с использованием переменного тока, высушенных при 110 °C

ного диаметра для образца 1.

Из гистограммы видно, что в образце наибольшим объемом обладают частицы с условными диаметрами пор 175,8 нм и 292,0 нм. Отсюда можно сделать вывод о том, что образец 1 относится к крупнопористому материалу.

Список литературы

1. Tretyakov, Y.D., Goodilin, G.A. (2009) Key trends in basic and application-oriented research on nanomaterials. Russian chemical reviews, 78, 801-820.

2. Брунауэр С. Адсорбция газов и паров. – М.: ИЛ, 1948. – Т.1. – 783с.

ИССЛЕДОВАНИЕ РАСТВОРИМОСТИ ОБРАЗЦОВ ПЛЕНОК ОКСИНИТРИДОВ ТИТАНА, ИСПОЛЬЗУЕМЫХ В СЕРДЕЧНО-СОСУДИСТОЙ ХИРУРГИИ

Е.Л. Бойцова, У.В. Павлюк

Научный руководитель – к.т.н., доцент Л.А.Леонова

Национальный исследовательский Томский политехнический университет 634050, Россия, г. Томск, пр. Ленина 30, ulya05011994@gmail.com

Сердечно-сосудистые хирурги все чаще сталкиваются с проблемой вторичного сужения кровеносных сосудов пациентов в области стента. Актуальным является создание биосовместимых покрытий сосудистых имплантатов. Гемосовместимые Ti-O-N пленки, получаемые методом реактивного магнетронного распыления, призваны подавлять нежелательные реакции организма на эндопротезы.

Известно [1], что такого рода покрытия защищают металлическую основу имплантата от коррозионного воздействия сред организма (кровь, лимфа, тканевая жидкость).

Целью данной работы являлось исследование растворимости оксинитридного покрытия титана в физиологическом растворе NaCl (0,9%).

Оксинитридные покрытия титана были получены методом реактивного магнетронного распыления с использованием установки среднечастотного магнетронного осаждения «УВН-200МИ» (НИ ТПУ, г. Томск). В качестве подложки для нанесения односторонних покрытий использовались пластины с размерами 10×10 мм и толщиной 1 мм, выполненные из кристалла NaCl. Параметры напыления: материал катода – Ті, рабочее давление в камере – 0,1 Па, мощность – 1 кВт, сила тока – 3 А, скорость натекания рабочего газа – 5 мл в минуту, расстояние между подложкой и магнетроном – 100 мм. При формировании оксинитридных покрытий соотношение парциального давления газов O_2 и N_2 в рабочей камере магнетрона составило: $p(O_2)/p(N_2)=1/1$. Температура подложки в процессе осаждения составляла 120 °C, время напыления – 1 ч [2].

Экспериментальные образцы подвергались растворению в физиологическом растворе NaCl (0,9%, pH=7) в течение 30 суток. Условия выбора объема раствора NaCl в зависимости от площади образца определялись согласно ГОСТ [3]. При максимальной временной выдержке раствора pH=6.

Далее образцы вынимали, раствор отфильтровывали на «синей ленте» и анализировали на предмет обнаружения элементов покрытия. Контролем служил образец с покрытием, не погруженный в раствор NaCl. Для этих целей использовали рентгено-флуоресцентный анализ (РФлА), основанный на взаимодействии рентгеновского излучения с анализируемым веществом. На рентгенофлуоресцентном анализаторе Thermo Electron QUANT'X были получены спектры, приведенные на рис. 1 и 2.

Расшифровка спектра РФлА: идентифика-



Рис. 1. Рентенофлуоресцентный спектр растворителя

ция элементов основана на соответствии энергии спектральных линий характеристического излучения элемента и их относительных интенсивностей с табличными величинами. Для этого определяли энергию в максимуме аналитического сигнала. На приведенном спектре эта величина составляет 2,8 кэВ, что соответствует элементу Cl (раствор NaCl). Ті с энергией спектральных

Список литературы

- 1. Huang N. et al. // Nucl. Instr. Meth. B., 2006.-Vol.242.- P.18.
- Конищев М.Е., Кузьмин О.С., Пустовалова А.А. и т.д. // Известия вузов. Физика, 2013.– Т.56.– №10.– 35–40с.



Рис. 2. Рентенофлуоресцентный спектр покрытия

линий 4,5 кэВ, на спектрограмме (рис. 1) отсутствует. РФлА выявить легкие элементы, такие как N, O не может.

Таким образом, можно сделать вывод о химической устойчивости покрытия TiON: в физиологический раствор не выделились элементы покрытия.

 ГОСТ Р ИСО 10993-12-2009. Изделия медицинские. Оценка биологического действия медицинских изделий. Приготовление проб и контрольные образцы. Стандартинформ.– М., 2010.– Часть 2.– 16с.

ВЗАИМОДЕЙСТВИЕ УГЛЕРОДНОГО НАНОМАТЕРИАЛА С СОЛЯНОКИСЛЫМИ РАСТВОРАМИ БЛАГОРОДНЫХ МЕТАЛЛОВ ПРИ ПОВЫШЕННЫХ ТЕМПЕРАТУРАХ

Р.В. Борисов

Научный руководитель – к.х.н., с.н.с. О.В. Белоусов Институт химии и химической технологии СО РАН 660036, Россия, г. Красноярск, Академгородок 50/24, roma_boris@list.ru

Создание функциональных наноматериалов на основе благородных металлов с заданными свойствами представляется весьма актуальной задачей, ввиду того, что они находят широкое практическое применение от гетерогенного катализа до микро- и наноэлектроники. Несмотря на большое количество работ в этой области, целый ряд вопросов остается открытым и, прежде всего, это относится к унификации технологий получения и модификации указанных систем. Проведение процессов в закрытых системах в гидротермальных условиях позволяет реализовать многие кинетически заторможенные процессы, эффективно использовать реагенты, повысить экологическую безопасность. В то же время, вопросы, связанные с особенностями проведения процессов в гидротермальных условиях можно отнести к недостаточно изученным.

Настоящая работа посвящена изучению процессов взаимодействия углеродных материалов с солянокислыми растворами HAuCl₄ и H₂PtCl₆ в гидротермальных условиях ($110 \,^\circ\text{C} - 170 \,^\circ\text{C}$). Продемонстрировано, что в отличие от платины (IV), золото (III) восстанавливается углеродным наноматериалом до металлических частиц, размером до 3 мкм. Данный процесс может быть обусловлен процессами сорбции и последующим восстановлением золота на углеродном носителе. Возможные механизмы сорбции рассмотрены в работе [1]. В зависимости от тем-