DETECTION OF MICROBES IN ENVIRONMENTAL SYSTEM USING ELECTROCHEMICAL BIOSENSORS

Chayut Yaempho

A Thesis Submitted in Partial Fulfillment of the Requirements

for the Degree of Master of Science

The Petroleum and Petrochemical College, Chulalongkorn University

in Academic Partnership with

The University of Michigan, The University of Oklahoma,

Case Western Reserve University, and Institut Français du Pétrole

2015

Thesis Title:

Detection of Microbes in Environmental System Using

Electrochemical Biosensors

By:

Chayut Yaempho

Program:

Petrochemical Technology

Thesis Advisors:

Assoc. Prof. Dong Shik Kim

Asst. Prof. Pomthong Malakul

Accepted by The Petroleum and Petrochemical College, Chulalongkorn University, in partial fulfillment of the requirements for the Degree of Master of Science.

...... College Dean

(Asst. Prof. Pomthong Malakul)

Thesis Committee:

(Assoc. Prof. Dong Shik Kim)

(Asst. Prof. Pomthong Malakul)

(Asst. Prof. Boonyarach Kitiyanan)

B. Ketiganan

(Dr. Veerapat Tantayakom)

ABSTRACT

5671005063: Petrochemical Technology Program

Chayut Yaempho: Detection of Microbes in Environmental System

Using Electrochemical Biosensors

Thesis Advisors: Assoc. Prof. Dong Shik Kim and Asst. Prof.

Pomthong Malakul 46 pp.

Keywords: Electrochemical biosensor/ Self-assembled monolayer/ Sulphate

reducing bacteria/ Electrochemical impedance spectroscopy

The presence of sulfate-reducing bacteria (SRB) in environmental systems can be harmful to the environmental. For example, the hydrogen sulfide which is a product of SRB will react with metal ions in the water to produce metal sulfides. These metal sulfides are insoluble leading to the dark color of sludge. Additionally, H₂S can be converted to sulfuric acid that jeopardize concrete and steel within wastewater environments which can be devastating. Moreover, SRB can provide a corrosion problem when metal structures are exposed to water which contains sulfate. An electrochemical biosensor that can detect the presence of bacteria even at a very low concentration is necessary in order to maintain the system free of microbial impacts. In this study, an electrochemical biosensor was investigated by immobilizing antibodies on a gold electrode. First the surface of gold electrode was modified with an alkanethiolate self-assembled monolayer (SAM). Then, the antibodies were attached to the SAM. SAMs with different alkyl chain lengths (3MPA, 6MHA, 8MOA, 11MUA) were studied in order to compare the effects of SAM's height on sensing efficiency using cyclic voltammetry (CV) and electrochemical impedance spectroscopy (EIS). The longer alkyl chains showed more blocking behavior against the electron transfer than the short chains. The immobilization of antibodies and binding of bacteria to the gold electrode was observed to increase the electron transfer resistance. In addition, the resistance to the electron transfer increased as the bacteria concentration increased.

บทคัดย่อ

ชยุต แย้มโพธิ์ : การตรวจวัดเชื้อจุลินทรีย์ในสิ่งแวดล้อมโดยอิเล็กโตรเคมิดอลไบโอ เซ็นเซอร์ (Electrochemical Biosensors to Detect Microbes in Petrochemical Processes) อ. ที่ปรึกษา : รศ. คร. Dong Shik Kim และ ผศ. คร. ปมทอง มาลากุล ณ อยุธยา 46 หน้า

เชื้อจุลินทรีย์ที่มีอยู่ในสิ่งแวคล้อมเช่น แบคทีเรียซัลเฟตรีคิวซิ่ง สามารถส่งผลกระทบต่อ สิ่งแวคล้อมได้ ยกตัวอย่างเช่น เมื่อไฮโครเจนซัลไฟด์ซึ่งเป็นผลิตภัณฑ์จากแบคที่เรียรีคิวซึ่งซัลเฟต สามารถทำปฏิกิริยากับโลหะในน้ำเกิดเป็นโลหะซัลไฟด์ได้ ซึ่งนำไปสู่การเกิดกากตะกอนใน สิ่งแวคล้อมได้ นอกจากนี้ไฮโครเจนซัลไฟค์สามารถเปลี่ยนเป็นกรคซัลฟิวริกซึ่งเป็นอันตรายต่อ คอนกรีตและเหล็กกล้าในระบบบำบัคน้ำเสีย คั้งนั้นการใช้อิเล็กโตรเคมิคอลไบโอเซนเซอร์ซึ่ง สามารถตรวจวัดเชื้อแบคทีเรียแม้มีความเข้มข้นต่ำจึงมีความจำเป็นในการรักษาระบบให้ปราศจาก ผลกระทบของเชื้อแบคทีเรีย ในงานวิจัยนี้ทคลองศึกษาอิเล็ก โตรเคมิคอล ไบ โอเซนเซอร์ โคยการ ตรึงแอนติบอดีที่มีความจำเพาะกับเชื้อที่ด้องการศึกษาบนขั้วทองของเซนเซอร์ โดยกระบวนการ แรกหยคสารอินทรีย์ประเภทอัลเคนไธอัลลงบนพื้นผิวขั้วทองซึ่งเรียกว่า self-assembled monolayer (SAM) หลังจากนั้นตรึงแอนติบอคีบน SAM โคยมีการเปลี่ยนความยาวโซ่หมู่อัลคิล ของอัลเคนไธอัล (3MPA, 6MHA, 8MOA, 11MUA) เพื่อเปรียบเทียบผลความยาวของ SAM ที่มีผลต่อประสิทธิภาพของเซนเซอร์โดยการตรวจวัดด้วยเทคนิค cyclic voltammetry (CV) และ electrochemical impedance spectroscopy (EIS) จากการทดลองพบว่าสายโซ่หมู่อัลคิล ที่ความยาวมากกว่าสามารถด้านการเคลื่อนที่ของอิเล็กตรอนได้คีกว่าสายโซ่หมู่อัลคิลที่มีความยาว ้สั้นกว่า นอกจากนี้พบว่าการตรึงแอนติบอดีและเชื้อแบคทีเรียบนผิวขั้วทองสามารถเพิ่มการต้าน การเคลื่อนที่ของอิเล็กตรอน และเมื่อเพิ่มความเข้มข้นของเชื้อแบคทีเรียพบว่าความต้านทานการ เคลื่อนที่ของอิเล็กตรอนสูงขึ้น

ACKNOWLEDGEMENTS

I would like to express my deepest gratitude to my advisor, Assoc. Prof. Dong Shik Kim for providing me a great opportunity to do the research in his research group at University of Toledo, Ohio, USA. I would also like to thank my co-advisor, Asst. Prof. Pomthong Malakul for giving suggestions. In addition, I am very grateful to have Asst. Prof. Boonyarach Kitiyanan and Dr. Veerapat Tantayakom as my thesis committees.

I am very thankful to my mentor, Hamid Feyzizarnagh, for helpful suggestions, valuable discussion and creating a friendly environment. I am also grateful for funding this thesis work that provided by the Ratchadapisek Sompoch Endowment Fund (2013), Chulalongkorn University (CU-56-900-FC) and Thailand Research Fund (IRG5780012).

Additionally, I would like to thank all my friends both Thais and foreigners at Toledo for making my time in Toledo a wonderful experience.

Finally, I am very thankful to my family for their support and encouragement. Without them, this project would not have been accomplished.

0

TABLE OF CONTENTS

		PAGE
Title	Page	i
Abst	tract (in English)	iii
Abst	tract (in Thai)	iv
Ack	nowledgements	v
Tabl	e of Contents	vi
List	of Figures	ix
СНАРТЕ	R	
I	INTRODUCTION	1
II	LITERATURE REVIEW	
	2.1 Biosensor	3
	2.1.1 Electrochemical Biosensors	5
	2.1.2 Optical Biosensors	12
	2.1.3 Piezoelectric Biosensor	16
	2.1.4 Thermal Biosensor	18
	2.2 Self-assembled Monolayers	18
	2.3 Sulfate Reducing Bacteria (SRB)	19
III	EXPERIMENTAL	24
	3.1 Materials and Chemicals	24
	3.2 Equipment	24
	3.3 Software	25
	3.4 Methodology	25
	3.4.1 Gold Electrode Cleaning	25
	3.4.2 Functionalization Process	25
	3.4.3 Electrochemical Characterization	25

CHAPTER		PAGE
	3.4.4 Activation Process	26
	3.4.5 Antibody Attachment	26
	3.4.6 Antigen Detection	26
IV	RESULTS AND DISCUSSION	28
	4.1 Preparation of the Biosensor	29
	4.2 Cyclic Voltammetry Characterization	29
	4.2.1 Cyclic Voltammetry of Gold Electrode	
	After Each Assembly Step	29
	4.2.2 Cyclic Voltammetry of Gold Electrode	
	with Different Alkyl Chain Lengths of	
	Alkanethiolate SAMs	30
	4.3 Electrochemical Spectroscopy Impedance	
	Characterization	31
	4.3.1 Electrochemical Impedance Spectroscopy	
	of Gold Electrode After Each Assembly Step	31
	4.3.2 Electrochemical Impedance Spectroscopy	
	of Gold Electrode with Different Alkyl Chain	
	Lengths of Alkanethiolate SAM	33
	4.3.3 Electrochemical Impedance Spectroscopy	
	of the SAMs with Different Alkyl Chain Lengths	
~	After Immobilizing Antibodies and Binding	
	Claudin 4 Recombinant Proteins	34
	4.4 Detection of Claudin 4 Recombinant Proteins Using	
	Electrochemical Impedance Spectroscopy	35
V	CONCLUSIONS AND RECOMMENDATIONS	37
	5.1 Conclusions	37
	5.2 Recommendation	37

0

CHAPTER	PAGE
DEPENDINGERS.	20
REFERENCES	38
APPENDIX	42
CURRICULUM VITAE	46

LIST OF FIGURES

FIGURE	•	PAGE
2.1	The major elements of a biosensor.	4
2.2	Electrochemical cell.	7
2.3	Reference (calomel) electrode.	8
2.4	Electrochemical biosensor as screen printed electrode.	9
2.5	Architecture of an optical biosensor.	12
2.6	Schematic of an optical biosensor.	13
2.7	Interaction of biomolecules with light.	13
2.8	Schematic set-up of the portable evanescent wave optical	
	fiber biosensor (EWAB).	14
2.9	Structure of piezoelectric material and Structure of PZT	
	under an electric field.	17
2.10	Natural piezoelectric materials that produce electricity	
	under pressure and vice versa.	17
2.11	Gold thiolate monolayer.	19
2.12	Combining the action of SRBs and sulfide oxidizing	
	microbes.	21
4.1	Schematic diagram of the fabrication of the biosensor.	28
4.2	Cyclic voltammetry of gold electrode after each assembly	
	step.	30
4.3	Cyclic voltammetry of gold electrode with different alkyl	
	chain lengths of alkanethiolate SAMs.	31
4.4	Electrochemical Impedance Spectroscopy of gold	
	electrode after each assembly step.	32
4.5	Electrochemical impedance spectroscopy of gold	
	electrode with different alkyl chain lengths of	
	alkanethiolate SAM.	33

FIGURE		PAGE
4.6	Electrochemical impedance spectroscopy of the SAMs	
	with different alkyl chain lengths after immobilizing	
	antibodies and binding Claudin 4 Recombinant Proteins.	34
4.7	Detection of Claudin 4 Recombinant Proteins using	
	Electrochemical impedance spectroscopy.	36
Al	Impedance plot (Nyquist plot) of the sensor with 3 MPA	
	thiolate SAM after immobilizing antibodies and binding	
	Claudin 4 Recombinant Proteins at different	
	concentrations.	42
A2	Impedance plot (Nyquist plot) of the sensor with 6 MHA	
	thiolate SAM after immobilizing antibodies and binding	
	Claudin 4 Recombinant Proteins at different	
	concentrations.	43
A3	Impedance plot (Nyquist plot) of the sensor with 8 MOA	
	thiolate SAM after immobilizing antibodies and binding	
	Claudin 4 Recombinant Proteins at different ·	
	concentrations.	44
A4	Impedance plot (Nyquist plot) of the sensor with 11 MUA	
	thiolate SAM after immobilizing antibodies and binding	
	Claudin 4 Recombinant Proteins at different	
	concentrations.	45