ナノ流路作製技術とバイオデバイスへの応用

国立大学法人 東京大学 田 端 和 $(-1 \cdot k)$ 山 正 $(-1 \cdot k)$ 山 正 $(-1 \cdot k)$ 山 正 和² 光 電 子 技 術 研 究 所 山 本 $(-1 \cdot k)$ 報 $(-1 \cdot k)$ 祖 正 $(-1 \cdot k)$ 報 $(-1 \cdot k)$ 和 $(-1 \cdot k)$ 和 $(-1 \cdot k)$

Nano - Channel Fabrication Technology and Its Application to Bio Devices

K. V. Tabata, M. Sugiyama, S. Yamamoto, O. Nukaga, and T. Suemasu

石英ガラス内部に高アスペクト比なナノオーダの流路を作製する技術を開発した.本技術は、フェムト秒レーザによる石英ガラス内部の改質加工と、形成した改質部のウェットエッチングをベースとしており、フェムト秒レーザ照射によって誘起されるナノ周期構造を制御することで、ナノオーダの流路を 作製することができる.本技術により、幅が100 nm以下、深さが2 mm以上と非常に高アスペクト比 (20000 以上)の流路を石英ガラス内部に作製することに成功した.本論文では、作製したナノ流路を利 用したバイオ用途のデバイスを作製し、評価した結果について報告する.

A fabrication technology of nano-ordered flow channels with high aspect ratio has been developed. This technology is based on both an internal modification of silica glass by femtosecond laser irradiation and a wet chemical etching of the internal modification. By controlling nano periodic structure generated by the irradiation, nano-ordered flow channels can be obtained inside the silica glass. Using this technology, nano-channels, which width is less than 100 nm and length is more than 2 mm respectively (therefore the aspect ratio is more than 20000), were successfully demonstrated. In this study, some bio devices utilizing the nano-channels are attempted and evaluated.

1. まえがき

ガラスやシリコン,樹脂などの基板に数十~数百µm 幅の流路を形成し,液体などの媒体を流すことができる マイクロ流路技術は、微小域での効率的な化学反応や混 合,分析が可能であり,µ-TAS (Micro-Total Analysis System) などへの応用が期待できるため、世界中で活 発に研究開発されている¹⁾²⁾³⁾.マイクロ流路の作製法と しては、半導体微細加工技術を利用した化学エッチング やレーザによる物理加工,型を使った押印(インプリン ト)などが知られている.

フジクラは、フェムト秒レーザとウェットエッチング を用いてガラス基板の内部に微細孔を形成する、いわゆ るフェムト秒レーザアシストエッチング技術を有してお り、貫通配線への応用を検討している⁴⁾. 従来のフェム ト秒レーザアシストエッチングでは、作製できる微細孔 の最小径は数µmであった. われわれは、フェムト秒レ ーザ照射によって形成されるナノ周期構造を制御するこ とで、石英ガラス基板内部にナノオーダの微細孔を形成 できることをあらたに見出した.この技術を流路作製に 応用すれば、マイクロ流路だけでなく、さらに微細なナ ノ流路を形成できるため、新たな機能や付加価値を盛り 込んだ様々なデバイスを実現できる可能性がある.そこ で本研究では、石英ガラス基板内部にナノ流路を作製 し、いくつかのバイオ用途デバイスへの応用を試みた. 本論文では、ナノ流路の形成方法とそれを用いたバイオ デバイスの作製、および評価結果について述べる.

フェムト秒レーザアシストエッチングによる 石英ガラス基板内部へのナノ流路作製

フェムト秒レーザ照射による材料改質では、レーザの 偏光に依存して周期性を持つナノオーダの周期構造が形 成されることが知られている⁵⁾.石英ガラスの場合この 周期構造は、酸素濃度が 20 %程度低くなった領域が周 期的に発現することで形成される⁶⁾.周期構造が形成さ れるメカニズムについてはいくつかのモデルが提案され ており⁶⁾⁷⁾,現在でも定説となっているものはないが、 いずれのモデルにおいてもレーザ照射により励起された プラズマ密度の周期的な変調が寄与している点で一致し ている.われわれはこの周期構造をレーザの照射条件を 変えることにより制御することを試みた.

図1は、石英ガラス内部にフェムト秒レーザを集光照

¹ 国立大学法人東京大学大学院工学系研究科助教 (博士(理学))

² 国立大学法人東京大学大学院工学系研究科准教授 (博士(工学))

³ シリコン技術研究部グループ長(博士(工学))

⁴ シリコン技術研究部

⁵ シリコン技術研究部部長

₿	格語・専門用語リスト 略語・専門用語	正式表記	説明
	µ-TAS	Micro-Total Analysis System	チップ上に微小な流路や反応室,混合室などを設け,一つの チップもしくはデバイスでさまざまな液体や気体を分析する 生化学分析デバイス
	バクテリア	bacteria	真正細菌,あるいは単に細菌と呼ばれ,細胞膜を持つ原核生 物と定義される分類学上のドメインの一つ
	枯草菌	Bacillus subtilis	土壌中や空気中など,自然界に普遍的に存在する真正細菌の 一種であり,納豆菌などがその一例
	ドロップレット	droplet	液滴
	シスロールDPHS	CITHROL DPHS	高分子乳化剤の一種で、クローダジャパン株式会社の商品名
	HEPES	4-(2-hydroxyethyl)-1- piperazineethanesulfonic acid	生化学実験の緩衝液の作製によく用いられる有機化合物
	β-ガラクトシダーゼ	β -galactosidase	糖を分解する酵素の一種であり,β-ガラクトシドを加水分 解してガラクトースを生成する
	FDG	fluorescein di- <i>B</i> -D- galactopyranoside	eta -galactosidaseの基質であり、 eta -galactosidaseと反応して分解し、蛍光フルオレセインを放出する

射した際の模式図(a)と、それにより形成された改質部 の断面(YZ面)を観察した走査電子顕微鏡(SEM: Scanning Electron Microscopy) 写真(b)(c) である. レ ーザの照射条件のうち,波長:800 nm,パルス幅: 160 fs, 繰返し周波数:200 kHz, 対物レンズN.A.: 0.5, 走査速度:1 mm/secは一定とし、パルスエネルギーのみ 変化させて改質部を形成すると、作製される改質部の周 期構造を制御できることを見出した.図1(b)は、照射す るレーザのパルスエネルギーを 125 nJとした際の改質部 の断面SEM写真である.この条件では、改質部にナノオ ーダの周期構造が形成されているのが認められる. ここで は周期構造をより際立たせて観察するために、 改質部を 0.5 wt%のフッ酸(HF)溶液で 2.5 分エッチングしてお り、図 1(b) で黒く見える部分は周囲と比べて酸素濃度が 低くエッチングが速く進む領域(以下,変質部と称する) であり,幅は約 30 nmである. 照射するレーザのパルス エネルギーを徐々に下げていくと、周期的なプラズマ密度 は中心近傍のみで改質閾値を超えるため、変質部の本数 を減らしていくことができる.図1(c)は、パルスエネル



(a) 医chematic image of irradiation

ギーを 60 nJとして形成した改質部であり,図1(a) にあ るような周期構造は認められず,各照射部において1本 のみの変質部となっている.この変質部をエッチングする ことで,ナノオーダの流路構造を形成することができる.

図 2 に、石英ガラス内部に作製したナノ流路の光学 顕微鏡写真と断面SEM写真を示す. 幅が 90 nmで長さ が 2.3 mm, つまりアスペクト比が 25000 にもなるナ ノ流路を作製することに成功した. 本技術を用い,いく つかのバイオ用途デバイスを検討した.

3. バイオデバイスへの応用

3.1 バクテリア培養デバイスへの応用

上述したナノ流路は、微生物の大きさと同程度である ことから、生物学や生態学の分野に多くの応用があると 考えられる.そこでわれわれは、ナノ流路の先端にバク テリアを単体で捕捉し、培養・観察ができるデバイスを 考案した.一般にバクテリアは、それぞれがバラバラで はなく、お互いに相互作用しながら活動している.例え



(C)



(b) (c) 改質部の断面 SEM 写真 (b) (c) Cross-sectional SEM image of modification

図1 フェムト秒レーザによる石英ガラスの内部改質 Fig. 1. Internal modification of silica glass by femtosecond laser. ば、バクテリアがある密度以上になると、それに応じて ある種の化学物質の分泌量が一定以上となり、突如バク テリアが活性状態になるなど、個と集団で全く異なった 振る舞いを示すことが知られている⁸⁾. 元来バクテリア は集団で活動するため、それらの生態も自ずと集団的な 振る舞いで評価せざるを得ないのが現状であり、バクテ リア単体を連続的かつ長時間にわたって評価することは 大変難しい. それに対してわれわれの提案するデバイス は、バクテリアを単体で捕捉できるため、周囲のバクテ リアによる相互作用を完全に除去した状態での生体反応 の観察を可能にする.

図3に、開発したデバイスの構造模式図を示す.石英 ガラス基板に複数のマイクロ流路が設けられており、それ らを連通するようにナノ流路が形成されている.マイクロ 流路Aにバクテリアを含む試料を流し、マイクロ流路Bを 陰圧にすることでナノ流路先端にバクテリアを単体で吸引 捕捉できる.図4に、実際に作製したデバイスの上面か ら眺めた光学顕微鏡写真(a)と、ナノ流路の開口部を斜



(b) 断面 SEM 写真 (b) SEM image (cross-section)

図2 フェムト秒レーザアシストエッチングにより 作製したナノ流路 Fig. 2. Photo of nano-channels fabricated by femtosecond laser assisted etching.



図3 バクテリウム培養デバイスの構造模式図 Fig. 3. Schematic image of single bacterium culture device.

めから眺めたSEM写真(b)を示す. 幅が 60 μm, 深さ が 10 μmのマイクロ流路Aの側壁に, 幅が 200 nmのナ ノ流路が片側 5 本, 計 10 本形成されており, マイクロ 流路Bをかいして吸引できるようになっている.

本デバイスを用いて、バクテリアを単体で捕捉し培養 する実験を試みた.捕捉するバクテリアには、ナノ流路 のサイズを考慮して枯草菌(Bacillus subtilis)を用い た.枯草菌の一般的な大きさは 500 nm×4 µm程度で あるため、作製したデバイスを用いて単体で捕捉できる 可能性がある.マイクロ流路Aに枯草菌を含む試料を 流し、マイクロ流路Bを陰圧にしてナノ流路に枯草菌を 吸引捕捉した.図5 に、枯草菌を捕捉した写真を示す.



(a) 上面から眺めた光学顕微鏡写真(a) Microscopic image (top view)



(b) ナノチャネル開口部の SEM 写真(b) SEM image at an opening of nano-channel

図4 作製したバクテリウム培養デバイス Fig. 4. Photo of single bacterium culture device.



図5 ナノ流路により捕捉された枯草菌 Fig. 5. Photo of a Bacillus subtilis trapped with nano-channel.

ナノ流路の先端に枯草菌を単体で捕捉できていることが 確認できる.捕捉した枯草菌の観察を続けると,ある時 間経過した後,細胞分裂が認められた.これまでに本デ バイスによって,単体の枯草菌を百時間近く連続で捕捉 することに成功し,複数回の細胞分裂が観察できること を確認している.

3.2 ドロップレット作製デバイスへの応用

ある液相の中に別の液相からなる微小なドロップレッ トを作製する技術は、マイクロ/ナノ流体工学の研究分 野の一つとして発展している⁹⁾¹⁰⁾.特にバイオ化学の分 野では、例えばドロップレット内での化学反応や生体分 子合成、ドラッグデリバリなどその応用範囲も広く、世 界中で活発な研究がおこなわれている.現在のところ、 マイクロ流路を用いて作製したドロップレットは数十 μm ~数百μmの粒径分布のものがほとんどである.粒 径が数μm以下の小さいドロップレットとなると、その 要望自体は潜在的に存在するものの、実際にこれらをマ イクロ流路で安定的に作製するのは一般に困難である. そこでわれわれは、ナノ流路を用いて数μm以下のドロ ップレットを安定に、高速で、かつ容易に作製すること が可能なドロップレット作製デバイスを開発した.

図6に、作製したドロップレット作製デバイスを上面



(a) 上面から眺めた光学顕微鏡写真(a) Microscopic image (top view)



⁽b) ナノチャネル開口部の SEM 写真(b) SEM image at an opening of nano-channel

から眺めた光学顕微鏡写真(a)とナノ流路開口部を斜め から眺めたSEM写真(b)を示す.ナノ流路から吐出され た液体を、別の液体が両側から挟み込んでせん断するこ とでドロップレットを作製する.いわゆるフローフォーカ ス (flow-focus) 型のデバイスとなっている. ナノ流路は, 幅が 200 nm, 高さが約 3 µmで, 45 µmの長さがある. 本デバイスを用いて、ドロップレットの作製を試みた.本 研究では、油相の中に水相のドロップレット(Water in Oil; W/O) を作製することとし、油相にはミネラルオイ ルと高分子乳化剤であるシスロール DPHSの混合液を、水 相には生化学実験で標準的に使用される緩衝液である HEPES (4-(2-hydroxyethyl)-1-piperazineethanesulfonic acid) を水酸化カリウム (KOH) でpH 7.5 に濃度調整し た溶液と塩化カリウム(KCI)の混合液をそれぞれ用い た. 水相をナノ流路から吐出させ、それをせん断するよう に油相を流すことでドロップレットを作製した. 図 7 (a) に、ナノ流路の吐出部においてドロップレットが作製され ている様子を, また図 7 (b) に, 作製されたドロップレッ トがマイクロ流路内を流れていく様子を示す.本デバイス により、油相内にミクロンオーダの水相のドロップレット を作製できていることが確認できる. 作製したドロップレ ットの粒径を調べたところ, 平均粒径は 1.1 µmであった.



(a) 吐出の様子(a) Droplets formation in flow focusing



 (b) Microscopic image of droplets (water in oil)
図7 作製したデバイスにより油相中に形成された 水のドロップレット
Fig. 7. Photo of water droplets generated with the device.

図6 作製したドロップレット作製デバイス Fig. 6. Photo of droplet formation device.

先述したようにドロップレットの応用先として、ドロッ プレットを反応の場として利用し,ドロップレット内部で 化学反応や生体分子合成を行うことが期待されている. われわれのデバイスで作製したドロップレットは粒径が 1 µm程度と非常に微小なため、従来の数十µm径のドロ ップレットに比べて容積が 1000 分の 1 以下であり,反 応の場をより小さくできる. そのためより迅速な化学反 応が期待でき、また、合成された分子や反応生成物が微 量であっても相対的な濃度が高くなるため、解析の高感 度化も期待できる. そこで作製したドロップレット内部に おいて酵素反応が可能かどうか、さらに酵素反応の有無 を解析できるかどうかの検証を行った. ドロップレットを 形成する水相に、酵素である β-galactosidase と、その 基質である FDG (fluorescein di - β - D - galactopyranoside) を混入し、酵素反応が生じるかどうかを確認した. FDG は、β-galactosidaseの存在によって分解され、無蛍光の FDGから蛍光色素であるフルオロセインに変化するた め、蛍光の有無をモニタすることでドロップレット内部 で酵素反応が起きたかどうかを確認できる.本実験で は、 β -galactosidase が 1 µmのドロップレット内に平均 0.5 個程度存在するようにあらかじめ濃度調整をした.

図 8 に,作製したドロップレットを光学顕微鏡により 明視野モード(図 8 (a))と蛍光モード(図 8 (b))で観 察した結果を示す.蛍光を発するドロップレットが確認 できたことから、ドロップレット内部で酵素反応が生じて いることがわかる.また、実線の丸印で囲ったドロップ レットのように、明視野モードと蛍光モードの両方で確 認できるものと、破線の丸印で囲ったドロップレットのよ うに、明視野モードのみで確認できるものの2種類のド ロップレットがあることを確認した.このことは、開発し たデバイスによりドロップレット内部で生じた一分子レベ ルでの反応の観察が可能であることを示唆しており、ド ロップレットの蛍光の有無をデジタル的にカウントするこ とで、高感度な定量解析も実現できると考えられる.

4. む す び

フェムト秒レーザアシストエッチングにより石英ガラ ス基板内部にナノ流路を作製する技術を開発し、バクテ リア培養デバイスとドロップレット作製デバイスに応用 した.バクテリア培養デバイスでは、バクテリアを単体 で長時間捕捉し、複数回の分裂を観察することに成功し た.ドロップレット作製デバイスでは、直径 1 µm程 度の微小なドロップレットを作製し、内部での酵素反応 およびその観察が可能であることを実証した.これらの デバイスは、バイオ分野における重要な要素技術の一つ である一細胞・一分子解析に応用でき、バイオメディカ



(a)明視野モード観察(a) Optical microscope image

(b) 蛍光モード観察(b) Fluorescence microscope image

図8 ドロップレット内部での酵素反応 Fig. 8. Enzyme reaction inside a droplet.

ル分野での活用が期待できるだけでなく、学術的にも意 義のある成果の創出に寄与できると考えている.

参考文献

- 一木:「バイオチップ技術の細胞工学,たんぱく質工学 への展開」,応用物理,第80巻,第2号,pp.128-132,2011
- 2) Y. Koyata, et. al.: "SEALLESS 3-D MICROFLUIDIC CHANNEL FABRICATION BY SACRIFICIAL CARA-MEL TEMPLATE DIRECT-PATTERNING", Proc. of IEEE MEMS 2013, pp.311-314, 2013
- Y. -C. Kung, et. al: "FABRICATIION OF 3D MICRO-FLUIDIC NETWORKS WITH A HYBRID STAMP", Proc. of IEEE MEMS 2013, pp.915-918, 2013
- 山本ほか:「トゥルー3次元配線」、フジクラ技報、第 118号、pp.39-45、2010
- 5) 緑川ほか:「フェムト秒レーザと物質の相互作用」, レ ーザ加工学会誌, Vol.8, No.3, pp.195-199, 2001
- Y. Shimotsuma, et. al.: "Self Organized Nanogratings in Glass Irradiated Ultrashort Light Pulses", Phys. Rev. Let, 91, 247405-1-4, 2003
- V. R. Bhardwaj, et. al.: "Optically Produced Arrays of Planar Nanostructures inside Fused Silica", Phys. Rev. Let, 91, 057404-1-4, 2006
- T. Gregor, et. al.: "The Onset of Collective Behavior in Social Amoebae", Science, Vol. 328, No. 5981, pp.1021-1025, 2010
- G. M. Whitesides: "The origins and the future of microfluidics", Nature, Vol. 442, pp.368-373, 2006
- S. -Y. Teh, et. al.: "Droplet microfluidics", Lab on a Chip, Vol.8, pp.198-220, 2008