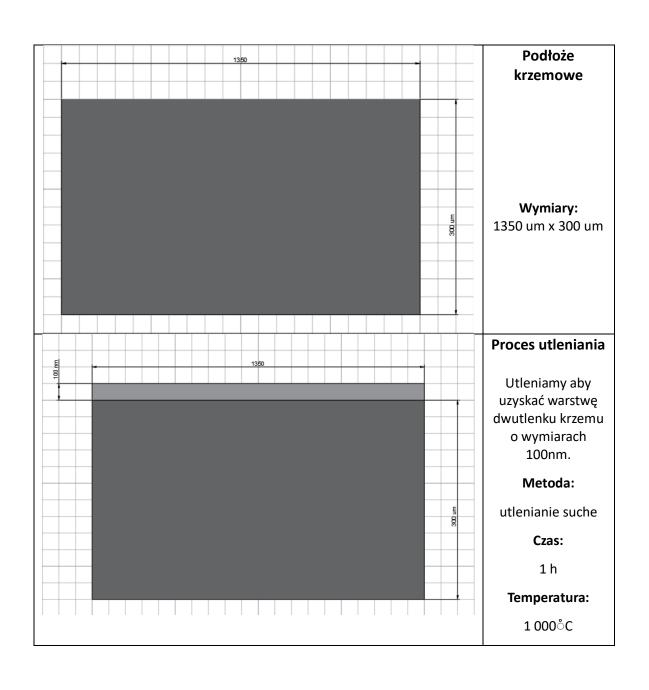
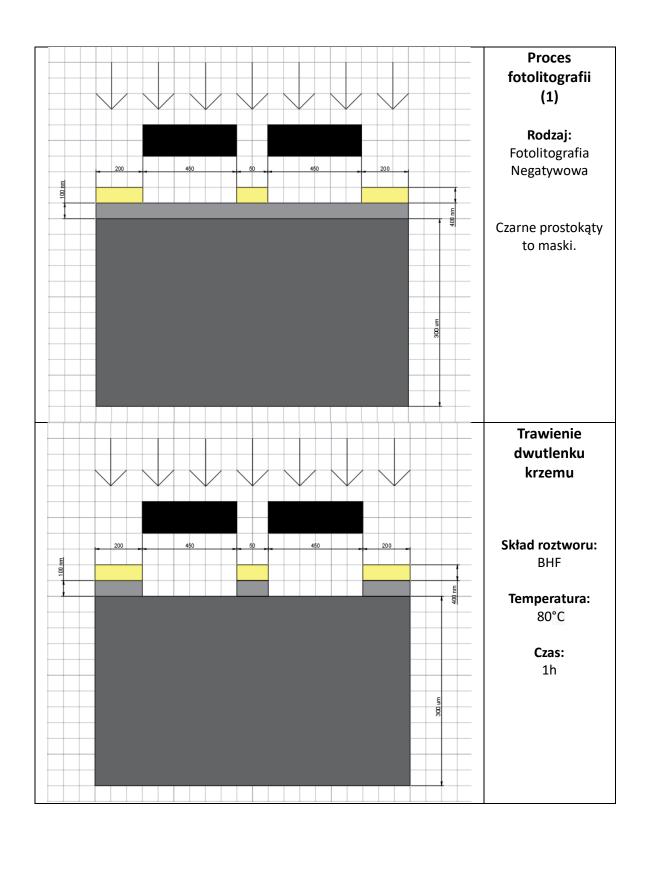
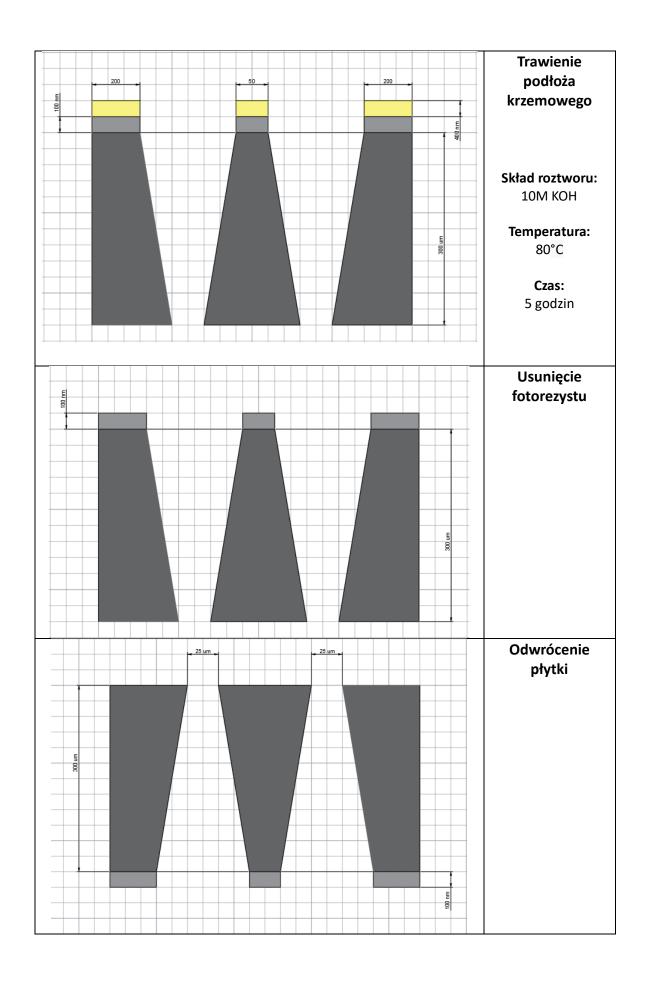
Czujnik dielektryczny z koplanarnymi elektrodami optymalizowanymi hydrożelem

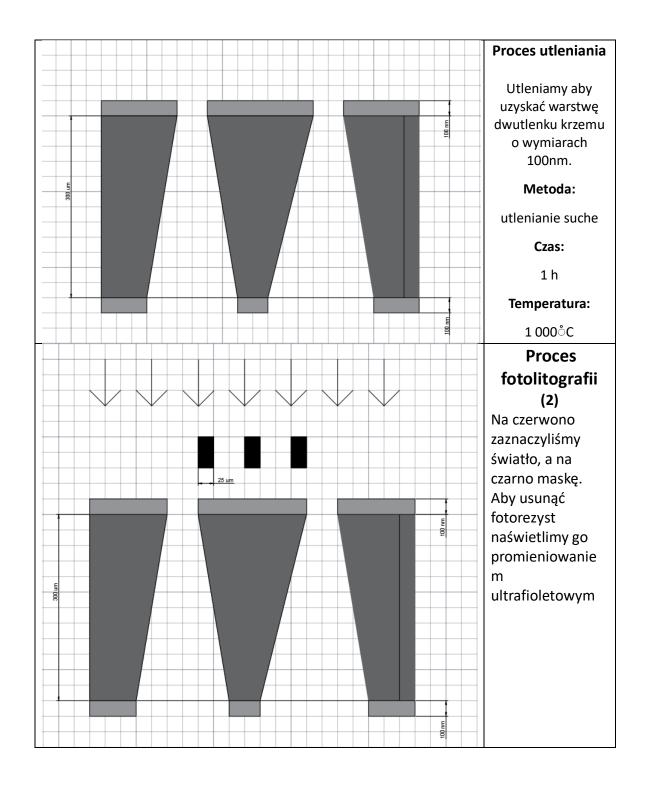


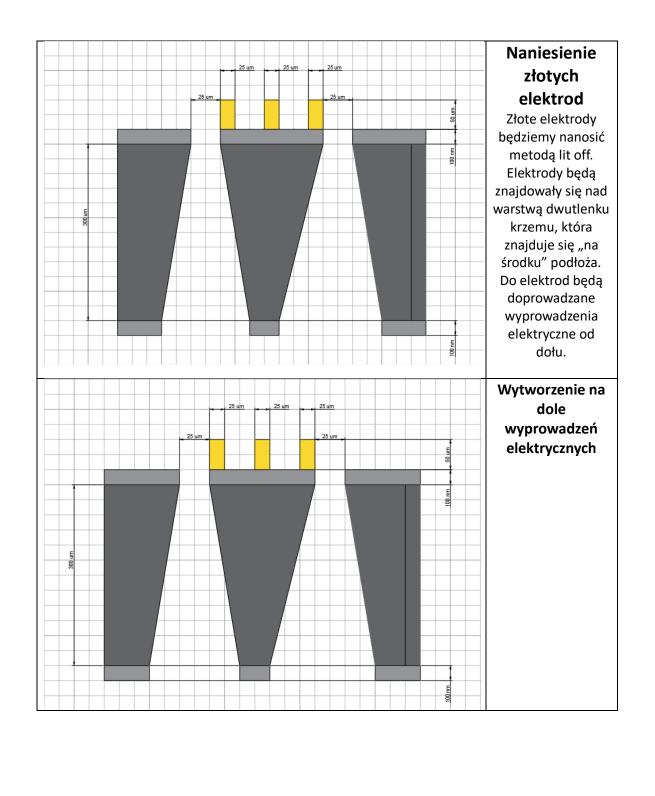
Czujnik składa się z hydrożelu, który 'przymocowany' jest do elektrod leżących na tej samej płaszczyźnie, co pozwala mu na dielektryczny pomiar glukozy w tkance podskórnej. Kiedy hydrożel zostanie wszczepiony do tkanki podskórnej, molekuły glukozy zaczynają ulegać dyfuzji i wiążą się z cząsteczkami kwasu fenyloboronowego. Powoduje to zmianę w przenikalności elektrycznej hydrożelu co sprawia, iż zmienia się impedancja pomiędzy elektrodami, która może zostać zmierzona w celu ustalenia poziomu glukozy we krwi. Czujnik ten wykorzystuje współpłaszczyznowy pojemnościowy konwerter przy pomocy technologii IDE. IDE umieszczone jest na podłożu wykonanym z dwutlenku krzemu, które składa się z 40 par złotych elektrod.

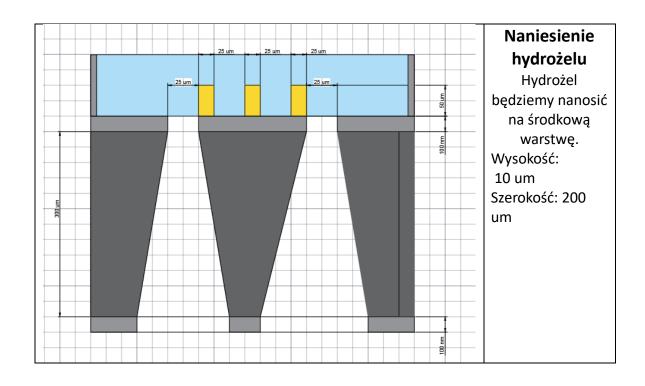












Przykładowe obliczenia do masek:

Maska (1) do pierwszego procesu fotolitografii

Będziemy chcieli uzyskać otwór o wymiarach 25 um x 300 um

Z racji tego, iż chcemy wykonać otwór na wylot nasze do jak i d będą sobie równe

$$K = d / sqrt(2)$$

K = 212

 $A_0 = 100 \text{ um}$

 $A = A_0 + 2k$

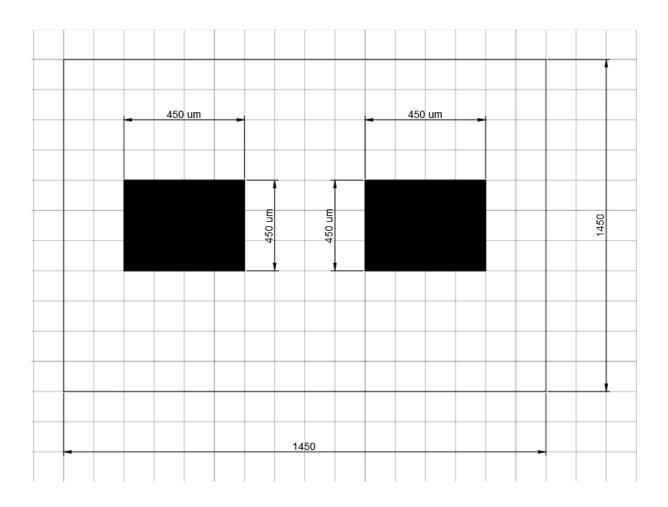
A = 25 um + 2 * 212 um

A = 449 um

 $Td_0 = 300 / 60 = 5 h$

 $D_{SiO2} = 5h * 1260 = 6300 nm$

Maska do fotolitografii 1



Maska do fotolitografii 2

